

(19)



(11)

EP 3 121 556 A1

(12)

EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG

(43) Veröffentlichungstag:
25.01.2017 Patentblatt 2017/04

(21) Anmeldenummer: **16185203.3**

(22) Anmeldetag: **25.09.2015**

(51) Int Cl.:

G01B 9/02 (2006.01)	A61B 3/00 (2006.01)
A61B 3/10 (2006.01)	A61B 3/12 (2006.01)
A61B 3/13 (2006.01)	A61B 3/14 (2006.01)
A61B 5/00 (2006.01)	A61B 90/00 (2016.01)
A61B 90/20 (2016.01)	G02B 21/36 (2006.01)
G06T 5/00 (2006.01)	G06T 5/50 (2006.01)
G06T 7/00 (2017.01)	A61B 34/20 (2016.01)

(84) Benannte Vertragsstaaten:

AL AT BE BG CH CY CZ DE DK EE ES FI FR GB GR HR HU IE IS IT LI LT LU LV MC MK MT NL NO PL PT RO RS SE SI SK SM TR

Benannte Erstreckungsstaaten:

BA ME

Benannte Validierungsstaaten:

MA

(30) Priorität: **25.09.2014 DE 102014113901**

(62) Dokumentnummer(n) der früheren Anmeldung(en) nach Art. 76 EPÜ:
15186908.8 / 3 005 937

(71) Anmelder: **Carl Zeiss Meditec AG**
07745 Jena (DE)

(72) Erfinder:

- **ESLAMI, Abouzar**
81479 München (DE)
- **FILIPPATOS, Konstantinos**
80802 München (DE)

• **MAIER-MATIC, Corinna**

82061 Neuried (DE)

• **KOCHWAGNER, Christine**

83543 Rott am Inn (DE)

• **SCHUHRKE, Thomas**

81539 München (DE)

• **MECKES, Günter**

81477 München (DE)

• **DUCA, Stefan**

85586 Poing (DE)

• **SCHIELE, Carolin**

73441 Aufhausen (DE)

• **HARTWIG, Falk**

81475 München (DE)

(74) Vertreter: **Patentanwälte Geyer, Fehners & Partner mbB**
Perhamerstrasse 31
80687 München (DE)

Bemerkungen:

Diese Anmeldung ist am 22-08-2016 als Teilanmeldung zu der unter INID-Code 62 erwähnten Anmeldung eingereicht worden.

(54) **VERFAHREN ZUR KORREKTUR EINES OCT-BILDES, BILDBEARBEITUNGSEINRICHTUNG UND KOMBINATIONSMIKROSKOP**

(57) Von einem Objekt (7), insbesondere der Netzhaut eines Auges, wird mittels optischer Kohärenztomographie durch einen Abbildungsstrahlengang (3) ein OCT-Bild (201) erzeugt. Um Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand (206), insbesondere ein Operationsinstrument, zu unterdrücken, wird eine Zeitreihe von OCT-Bildern erzeugt. Für ein zu korrigierendes OCT-Bild (201) wird ein in diesem OCT-Bild (201) liegender Bereich (204) des Objektes (7) ermittelt, der durch den Gegenstand (206) abgeschattet wird. In der Zeitreihe wird ein anderes OCT-Bild (202) gesucht, in dem der Bereich (204) des Objektes (7) nicht durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist. Aus diesem anderen OCT-Bild (202) wird für den Bereich (204) des Objektes (7) Bildinformation ausgelesen wird. Ein korrigiertes OCT-Bild (203) wird erzeugt, indem in das zu korrigierende OCT-Bild (201) die ausgelesene

Bildinformation (208) eingefügt wird, wobei die Bildinformation (208) im zu korrigierenden OCT-Bild (201) den Bereich (204) des Objektes (7), der durch den Gegenstand (206) abgeschattet wird, ersetzt.

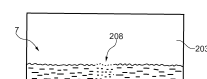
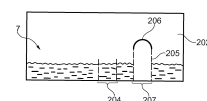
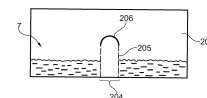


Fig. 2

EP 3 121 556 A1

Beschreibung

[0001] Die Erfindung bezieht sich auf ein Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei eine Zeitreihe von OCT-Bildern bereitgestellt wird, die vom Objekt mittels optischer Kohärenztomographie durch einen Abbildungsstrahlengang erzeugt wurden, und wobei das Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes, um Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand, insbesondere ein Operationsinstrument, zu unterdrücken, OCT-Bilder der Zeitreihe kombiniert.

[0002] Die Erfindung bezieht sich weiter auf eine Bildbearbeitungseinrichtung zur Unterdrückung von Abschattungen durch einen in einem OCT-Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand, insbesondere ein Operationsinstrument, in einer Zeitreihe von OCT-Bildern.

[0003] Die Erfindung bezieht sich ebenfalls auf ein Mikroskop zur Abbildung eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei das Kombinationsmikroskop einen Abbildungsstrahlengang, der das Objekt mittels optischer Kohärenztomographie abbildet, und eine Bildbearbeitungseinrichtung aufweist.

[0004] Aus der WO 2012/100030 A2 ist ein Operationsmikroskopiesystem bekannt, in das ein OCT-System integriert ist. Damit kann ein Objektfeld optisch abgebildet werden, wobei das optisch erzeugte Bild über Okulare einer Abbildungsoptik betrachtet werden kann. Das OCT-System führt scannend am Objektfeld Messungen mittels optischer Kohärenztomographie durch. Dieses Operationsmikroskopiesystem wird insbesondere dafür eingesetzt, während eines chirurgischen Eingriffes am Auge das Auge sowohl optisch als auch durch OCT-Bilder abzubilden. Bei dieser Anwendung kann der Fall eintreten, dass ein Operationsinstrument Teile des Bildes abschattet. Die genannte Druckschrift sieht deshalb ein Verfahren sowie ein Operationsmikroskop der eingangs genannten Art vor, um Abschattungen im OCT-Bild zu unterdrücken. Dabei ist es vorgesehen, eine Zeitreihe von OCT-Bildern zu erzeugen und diese OCT-Bilder zu mitteln. Bewegungen des Instruments vor dem Objekt und die damit durch das Instrument verursachten Abschattungen sind damit unterdrückt.

[0005] Ein ähnliches Operationsmikroskopiesystem, das ebenfalls eine Kombination aus optischer Mikroskopie und OCT-Bildgebung ermöglicht ist aus der US 2014/0024949 A1 bekannt.

[0006] Aus der US 2013/0208129 A1 ist ein Verfahren zur digitalen Bildverbesserung bekannt. Die Veröffentlichung schlägt vor, zur Rauschreduzierung die Signale einzelner Pixel einer Schwellwertüberprüfung zu unterwerfen. Für Pixel, deren Rauschen oberhalb eines Referenzwertes liegt, werden Pixeldaten aus älteren Bildern gesucht, die unterhalb der Rauschgrenze liegen, und als Ersatzinformation eingefügt.

[0007] Der Erfindung liegt die Aufgabe zugrunde, ein

Verfahren, eine Bildbearbeitungseinrichtung und ein Mikroskop der eingangs genannten Art dahingehend weiterzubilden, dass Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand, insbesondere ein Kombinationsmikroskop bei der Abbildung der Netzhaut eines Auges, besser unterdrückt sind.

[0008] Diese Aufgabe wird erfindungsgemäß gelöst mit einem Verfahren gemäß Anspruch 1, insbesondere zum Verbessern eines OCT-Bildes eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei eine Zeitreihe von OCT-Bildern bereitgestellt wird, die vom Objekt mittels optischer Kohärenztomographie durch einen Abbildungsstrahlengang erzeugt wurden und, wobei das Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes, um Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand, insbesondere ein Operationsinstrument, zu unterdrücken, OCT-Bilder der Zeitreihe kombiniert, wobei ein zu korrigierendes Bild festgelegt wird, für das zu korrigierendes OCT-Bild ein in diesem OCT-Bild liegender Bereich des Objektes ermittelt wird, der durch den Gegenstand abgeschattet wird, in der Zeitreihe ein anderes, bevorzugt älteres, OCT-Bild gesucht wird, in dem der Bereich des Objektes nicht durch den Gegenstand abgeschattet ist, aus diesem anderen OCT-Bild für den im zu korrigierenden OCT-Bild abgeschatteten Bereich des Objektes Bildinformation ausgelesen wird und ein korrigiertes OCT-Bild erzeugt wird, indem in das zu korrigierende OCT-Bild die ausgelesene Bildinformation eingefügt wird, wobei die Bildinformation im zu korrigierenden OCT-Bild den Bereich des Objektes, der durch den Gegenstand abgeschattet wird, ersetzt.

[0009] Die Aufgabe wird weiter gelöst mit einer Bildbearbeitungseinrichtung gemäß Anspruch 8, insbesondere zur Unterdrückung von Abschattungen durch einen in einem OCT-Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand, insbesondere ein Operationsinstrument, in einer Zeitreihe von OCT-Bildern, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung für ein zu korrigierendes OCT-Bild einen in diesem OCT-Bild liegenden Bereich des Objektes ermittelt, der durch den Gegenstand abgeschattet ist, die Bildbearbeitungseinrichtung in der Zeitreihe ein anderes, bevorzugt älteres, OCT-Bild sucht, in dem der Bereich des Objektes nicht durch den Gegenstand abgeschattet ist, die Bildbearbeitungseinrichtung aus diesem anderen OCT-Bild für der Bereich des Objektes Bildinformation ausliest und die Bildbearbeitungseinrichtung ein korrigiertes OCT-Bild erzeugt, indem sie in das zu korrigierende OCT-Bild die ausgelesene Bildinformation einfügt, wobei die Bildinformation im zu korrigierenden OCT-Bild den Bereich des Objektes, der durch den Gegenstand abgeschattet ist, ersetzt.

[0010] Diese Bildbearbeitungseinrichtung kann Teil eines erfindungsgemäßen Mikroskops zur Abbildung eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei das Kombinationsmikroskop einen Abbildungsstrahlengang aufweist, der das Objekt mittels optischer Kohärenztomographie abbildet.

[0011] Die Erfindung sieht vor, ein OCT-Mikroskopie-

verfahren bzw. OCT-Mikroskopbild hinsichtlich Bildfehlern zu korrigieren, die dadurch entstehen, dass Bereiche des Bildes durch einen Gegenstand, der im Abbildungsstrahlengang bewegt wird, (beispielsweise ein chirurgisches Instrument) abgeschattet werden. Die Erfindung gleicht die Wirkung eines Schattens im OCT-Bild dadurch aus, dass in einer Zeitreihe von OCT-Bildern ein anderes OCT-Bild gesucht wird, in dem der von der Abschattung betroffene Bereich nicht vom Gegenstand abgeschattet wird. Anders als im Konzept der US 2013/0208129 A1 wird also nicht das Rauschen in Bildbestandteilen ausgewertet, sondern es wird überprüft, ob ein Teil des OCT-Bildes durch den Gegenstand abgeschattet ist. Diese Abschattung äußert sich nicht in einem Bildrauschen, wäre also mit dem Ansatz gemäß US 2013/0208129 A1 gar nicht zu erkennen. Weiter wird für den Ersatz des abgeschatteten Bereiches nicht nach Bildern gesucht, die bestimmte Rauscheigenschaften erfüllen, sondern nach Bildern, in denen der Gegenstand den betroffenen Bereich nicht abschattet.

[0012] Die Abschattung kann in Ausführungsformen mit einer Schwellwertüberprüfung erkannt werden. Der entsprechende Referenzwert hat jedoch nichts mit dem Rauschen zu tun. Vielmehr ist in diesen Ausführungsformen der Referenzwert, der bei der Schwellwertüberprüfung zugrunde gelegt wird, genau so gewählt, dass damit eine Abschattung durch den Gegenstand, d. h. das Operationsinstrument, erkannt wird. Es ist deshalb für einige Ausführungsformen bevorzugt, dass bei der automatischen Suche der abgeschatteten Bereiche ein Referenzwert verwendet wird/ist, der genau so gewählt wird/ist, dass damit ein Schatten, den der Gegenstand (z. B. ein Operationsinstrument) wirft, erkannt wird.

[0013] Die Bildinformation des anderen OCT-Bildes für diesen Bereich wird verwendet, um das zu korrigierende Bild hinsichtlich der Abschattung zu verbessern. Diese Art der Bildkorrektur ist weitaus besser, als die aus dem Stand der Technik bekannte Mittelung, da nur noch Bildinformationen kombiniert werden, welche von der Abschattung durch den Gegenstand nicht beeinträchtigt wurden. Ein Benutzer erhält damit in allen Bildbereichen, auch in solchen, die sich im Schatten des Gegenstandes befinden, die maximale Bildqualität.

[0014] Der Begriff "Abschattung" ist in dieser Beschreibung auf die Schattenwirkung des Gegenstandes bei der OCT-Abbildung bezogen. Bei einem Kombinationsmikroskop, das optische Mikroskopie und OCT-Mikroskopie kombiniert, ist in der Regel die Abschattung, die der Gegenstand für das OCT-Bild erzeugt, nicht identisch mit dem Schatten im optischen Bild. Dies gilt ganz besonders für die Abbildung der Netzhaut eines Auges, da dort in der optischen Abbildung üblicherweise eine streifende Beleuchtung verwendet wird, die unter einem völlig anderen Winkel einfällt, als die Strahlung bei der OCT-Abbildung.

[0015] Die Abschattung gibt es natürlich nur dann, wenn der Gegenstand für die Strahlung, welche zur Erzeugung des OCT-Bildes verwendet wird, nicht transpa-

rent oder nicht ausreichend transparent ist. Unter dem Begriff "Gegenstand" wird deshalb in dieser Beschreibung ein Gegenstand verstanden, der die für die Erzeugung des OCT-Bildes verwendete Strahlung absorbiert.

[0016] Das erfindungsgemäße Verfahren ermittelt die Abschattung im OCT-Bild durch den Gegenstand. Dies erfordert jedoch auch bei Bildern von menschlichem Gewebe nicht zwingend, dass diese Ermittlung während eines chirurgischen Eingriffs durchgeführt wird. Das Verfahren kann vielmehr auch an bereits erzeugten OCT-Bildern zeitlich nach einem chirurgischen Eingriff oder an OCT-Bildern von totem Gewebe oder technischem Material ausgeführt werden. Das Verfahren ist deshalb nicht chirurgisch und erfordert insbesondere nicht die Mitwirkung eines Arztes oder Therapeuten. Vielmehr ist es möglich, das Verfahren an bereits anderweitig erzeugten und bereitgestellten OCT-Bildern auszuführen.

[0017] Das Verfahren bzw. die Bildbearbeitungseinrichtung sucht in der Zeitreihe nach mindestens einem anderen Bild, in dem der Bereich des Objektes, der im zu korrigierenden Bild abgeschattet ist, nicht vom Gegenstand abgeschattet wird. Für den Fall eines konstant während der Zeitreihe ruhenden Gegenstandes, gibt es ein solches anderes Bild nicht. In diesem Fall wird das Verfahren mit einer Fehlermeldung beendet bzw. die Bildbearbeitungsvorrichtung markiert den abgeschatteten Bereich im nicht korrigierten Bild, beispielsweise durch eine Schwärzung etc.

[0018] Eine Markierung ist auch möglich, falls das Verfahren die Bildverbesserung ausführt bzw. die Bildbearbeitungsvorrichtung ein korrigiertes, also verbessertes OCT-Bild erzeugt. Auf diese Weise erfährt ein Benutzer, welche Bereiche des korrigierten OCT-Bildes möglicherweise unaktuelle Bildinformation enthalten. Es ist deshalb in einer Ausgestaltung des Verfahrens bevorzugt, dass im korrigierten OCT-Bild der Bereich des Objektes, für den die Bildinformation eingefügt wurde, markiert wird. Analog ist es für das Kombinationsmikroskop bevorzugt, dass die Bildbearbeitungseinrichtung im korrigierten OCT-Bild den Bereich des Objektes, in dem die Bildinformation eingefügt ist, markiert.

[0019] Diese Markierung kann in einer weiteren Ausführungsform der Erfindung dahingehend weitergebildet werden, dass sie eine Anzeige über den zeitlichen Abstand zwischen dem zu korrigierenden OCT-Bild, in dem die Einfügung erfolgte, und dem anderen OCT-Bild, aus dem die eingefügte Information stammte, bereitstellt. Diese Anzeige kann in einer bevorzugten Ausführungsform eine Markierung, insbesondere eine Graustufen- oder Farbdarstellung des Bereiches, in den die Information eingefügt ist, umfassen. So ist es beispielsweise möglich, mit zunehmendem zeitlichen Abstand bei einer Schwarzweißdarstellung den eingefügten Bereich mit zunehmend geringerem Kontrast zu gestalten oder mit zunehmend geringerer Helligkeit/Schwärze. Ein Betrachter nimmt damit intuitiv wahr, dass die Bildinformation in diesem Abschnitt des Bildes weniger verlässlich, weil weniger aktuell ist.

[0020] Bei der Suche nach dem anderen OCT-Bild, in dem der Bereich des Objektes, der im zu korrigierenden OCT-Bild abgeschattet ist, nicht abgeschattet ist, wählt eine bevorzugte Ausführungsform, falls es mehrere solcher Bilder gibt, dasjenige andere OCT-Bild aus, welches den geringsten zeitlichen Abstand zum zu korrigierenden OCT-Bild hat. In der Regel ist das andere Bild zeitlich älter als das zu korrigierende Bild, und es wird im Fall, dass mehrere andere Bilder in Frage kommen, bevorzugt das jüngste dieser anderen Bilder ausgewählt.

[0021] In einer anderen Ausführungsform wird zusätzlich ein Korrekturinformationbild erzeugt, das den Bereich des Objektes, in dem die Bildinformation als Korrektur eingefügt wurde, anzeigt. Es kann sich dabei um ein stark vereinfachtes OCT-Bild des Objektes handeln, in dem der Bereich, in den die Information eingefügt ist, markiert ist.

[0022] Die Erfindung kann ganz besonders bevorzugt bei der Kombination von optischer Mikroskopie und OCT-Bildgebung, wie sie im eingangs genannten Operationsmikroskop gemäß US 2014/0024949 A1 beschrieben ist, zum Einsatz kommt. In solchen Ausführungsformen kann anhand des optischen Bildes die Lage des Gegenstandes und damit die Lage des Bereiches des Objektes, der im OCT-Bild abgeschattet ist, ermittelt werden. Es ist deshalb in einer Ausführungsform bevorzugt, das Objekt zusätzlich optisch abzubilden und so ein optisches Bild des Objektes zu erzeugen, wobei die Lage des Gegenstandes im OCT-Bild anhand des optischen Bildes festgestellt wird und daraus der Bereich des Objektes ermittelt wird, den der Gegenstand im OCT-Bild abschattet. Die entsprechende Ausführungsform des Kombinationsmikroskops weist eine Kamera auf, die ein optisches Bild des Objektes erzeugt und Optikbilddaten bereitstellt, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung die Optikbilddaten ausliest, die Lage des Gegenstandes im optischen Bild feststellt und daraus den Bereich des Objektes ableitet, der durch den Gegenstand im zu korrigierenden Bild abgeschattet ist.

[0023] Um beim fortlaufenden Betrieb des Kombinationsmikroskops bzw. im Verfahren zu verbesserndes OCT-Bildes bei fortlaufender Bildgebung möglichst rechensparsam und schnell die Bildinformation für die von der Abschattung im OCT-Bild betroffenen Bereiche des Objektes zur Verfügung zu haben, ist es in einer weiteren Ausführungsform bevorzugt, parallel zur Zeitreihe von OCT-Bildern eine Abfolge von optischen Bildern zu erzeugen und daraus eine Folge von Angaben über den Bereich des Objektes, das durch den Gegenstand im OCT-Bild abgeschattet wird, zu ermitteln, wobei jede Angabe der Folge einem OCT-Bild der Zeitreihe zugeordnet ist. Für den Fall der nachträglichen Ausführung des Verfahrens zum Verbessern eines OCT-Bildes ist es in einer Ausführungsform vorgesehen, dass eine Abfolge von optischen Bildern bereitgestellt wird, die parallel zur Zeitreihe von OCT-Bildern erzeugt wurde, wobei im Verfahren aus der Abfolge von optischen Bildern eine Folge von Angaben über den Bereich des Objektes, der durch

den Gegenstand im OCT-Bild abgeschattet wird, ermittelt wird, wobei jede Angabe der Folge einem OCT-Bild der Zeitreihe zugeordnet wird.

[0024] Auf diese Weise kann sehr schnell das jüngste andere OCT-Bild gefunden werden. Die Suche beschränkt sich zumeist darauf, dass jüngste OCT-Bild zu finden, in dem der Bereich des Objektes, der im zu korrigierenden OCT-Bild von der Abschattung betroffen ist, nicht abgeschattet ist. Aufgrund der Angabe über den Bereich des Objektes, der durch den Gegenstand im OCT-Bild abgeschattet ist, die für jedes OCT-Bild der Zeitreihe vorliegt, ist die Suche besonders schnell und rechensparsam.

[0025] Die Erfindung ist natürlich nicht darauf beschränkt, das OCT-Bild hinsichtlich nur eines einzigen Gegenstandes zu verbessern. Es ist gleichermaßen möglich die Verbesserung auch für mehrere Gegenstände, beispielsweise zwei bei einer chirurgischen Operation zusammenwirkende Instrumente etc. auszuführen.

[0026] Für den Fall, dass das Verfahren während der Bildgebung, also online, eingesetzt werden soll, ist in einer weiteren Ausführungsform vorgesehen: ein Verfahren zur Abbildung eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei mittels optischer Kohärenztomographie durch einen Abbildungsstrahlengang ein OCT-Bild des Objekts erzeugt wird und, um Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand, insbesondere ein Operationsinstrument, zu unterdrücken, eine Zeitreihe von OCT-Bildern erzeugt und OCT-Bilder der Zeitreihe kombiniert werden, wobei für ein zu korrigierendes OCT-Bild ein in diesem OCT-Bild liegender Bereich des Objektes ermittelt wird, der durch den Gegenstand abgeschattet wird, in der Zeitreihe ein anderes OCT-Bild gesucht wird, in dem der Bereich des Objektes nicht durch den Gegenstand abgeschattet ist, aus diesem anderes OCT-Bild für der Bereich des Objektes Bildinformation ausgelesen wird und ein korrigiertes OCT-Bild erzeugt wird, indem in das zu korrigierende OCT-Bild die ausgelesene Bildinformation eingefügt wird, wobei die ausgelesene Bildinformation im zu korrigierenden OCT-Bild den Bereich des Objektes, der durch den Gegenstand abgeschattet wird, ersetzt.

[0027] Es versteht sich, dass die vorstehend genannten und die nachstehend noch zu erläuternden Merkmale nicht nur in den angegebenen Kombinationen, sondern auch in anderen Kombinationen oder in Alleinstellung einsetzbar sind, ohne den Rahmen der vorliegenden Erfindung zu verlassen.

[0028] Nachfolgend wird die Erfindung beispielsweise anhand der beigefügten Zeichnungen, die auch erfindungswesentliche Merkmale offenbaren, noch näher erläutert. Es zeigen:

Fig. 1 eine schematische Darstellung eines Mikroskopiesystems,

Fig. 2 eine Schemadarstellung dreier OCT-Bilder, die

mit dem Mikroskop 1 der Fig. 1 erzeugt werden und hinsichtlich der Abschattung durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand verbessert werden,

Fig. 3 ein Korrekturinformationsbild, das einem Benutzer eine Information über die betroffenen Bereiche der Bildverbesserung gibt,

Fig. 4 ein Blockschaltbild bezüglich der Bildverbesserung und

Fig. 5 ein Ablaufdiagramm des Verfahrens zur Bildverbesserung.

[0029] Ein in Fig. 1 schematisch dargestelltes Mikroskopiesystem 1 umfasst eine Abbildungsoptik 3 und ein OCT-System 5. Das Mikroskopiesystem 1 ist ein Kombinationsmikroskop, z.B. ein Operationsmikroskop.

[0030] Die Abbildungsoptik 3 bildet ein Objekt 7 in einem Objektfeldes 11 zum einen auf ein Okular 13 und zum anderen auf eine Kamera 15 ab. Die Abbildungsoptik 3 umfasst eine Objektivlinse 17, welche aus ein oder mehreren Linsenelementen bestehen kann und, in dem hier dargestellten Beispiel, das Objektfeld 11 nach Unendlich abbildet. In dem Strahlengang hinter der Objektivlinse 17 werden zwei Strahlenbündel 19 durch jeweils eine Zoomlinsenanordnung 21 geführt, welche einen Abbildungsmaßstab der Abbildungsoptik 3 ändern können. Die beiden Zoomlinsenanordnungen weisen jeweils mindestens zwei Linsengruppen 22, 23 auf, welche relativ zueinander in Strahlrichtung der Bündel 19 verschieblich sind, wie dies in Fig. 1 durch einen Pfeil 24 angedeutet ist. Die Verschiebung der beiden Linsengruppen 22, 23 relativ zueinander wird durch einen Aktuator 25 bewirkt, welcher zur Einstellung des Abbildungsmaßstabs der Abbildungsoptik 3 über eine Steuerleitung 27 von einer Steuereinrichtung 29 angesteuert wird.

[0031] Nach Durchlaufen der Zoomlinsenanordnungen 21 treten die Strahlbündel 19 in das Okular 13 ein. Aus dem in Fig. 1 rechts gezeigten Strahlenbündel 19 koppelt ein teildurchlässiger Spiegel 31 ein Teil der Strahlung aus. Er wird über eine Kameraadapteroptik 33 auf die Kamera 15 geführt, so dass diese ein optisches Bild des Objekts 7 detektiert. Von der Kamera 15 erzeugte Optikbilddaten werden über eine Datenleitung 35 an die Steuereinrichtung 29 übertragen.

[0032] Die Abbildungsoptik 3 umfasst in der gezeigten Ausführungsform zwei (grundsätzlich optionale) elektronische Anzeigeeinrichtungen 41, welche von der Steuereinrichtung 29 über Datenleitungen 43 mit Anzeigebilddaten versorgt werden. Von den Anzeigeeinrichtungen 41 erzeugte Anzeigebilder werden jeweils über eine Projektionsoptik 45 und in den Strahlenbündeln 19 angeordneten teildurchlässigen Spiegeln 47 in die Strahlengänge hin zu den Okularen 13 projiziert, so dass ein Benutzer, der in die Okulare 13 Einblick nimmt, die durch die Anzeigeeinrichtungen 41 dargestellten Bilder in

Überlagerung mit dem Bild des Objekts 7 wahrnehmen kann.

[0033] Das OCT-System 5 umfasst eine zur Erzeugung von OCT-Bildinformation geeignete kurzkohärente Lichtquelle (Weißlichtquelle) und ein Interferometer, welche in Fig. 1 nur schematisch als Block dargestellt sind. Über eine Lichtleitfaser 51 gibt das OCT-System 5 OCT-Beleuchtungsstrahlung 57 ab, die auf ein zu vermessen- des Objekt treffen kann. Vom Objekt in Gegenrichtung zurückkommende OCT-Messstrahlung wird an der Lichtleitfaser 51 eingekoppelt.

[0034] Die aus einem Ende 55 der Lichtleitfaser 51 austretende OCT-Beleuchtungsstrahlung 57 wird dabei durch eine Kollimatoroptik 59 zu einem OCT-Beleuchtungsstrahl 58 kollimiert, an zwei Ablenkspiegeln 61 und 63 abgelenkt, durchläuft eine Projektionsoptik 65, trifft auf einen Spiegel 69 und wird von diesem durch die Objektivlinse 17 auf das Objektfeld 11 gerichtet. Die von dem in dem Objektfeld 11 angeordneten Objekt 7 zurückgeworfene OCT-Messstrahlung durchläuft den umgekehrten Weg durch die Objektivlinse 17, die Projektionsoptik 65 und die Kollimatoroptik 59 und wird in die Lichtleitfaser 51 eingekoppelt.

[0035] Das OCT-System 5 wertet mittels des Interferometers die OCT-Messstrahlung interferometrisch aus und erzeugt ein OCT-Bild, je nach noch zu erläuterndem Scanprinzip als sog. A-Scan, B-Scan oder C-Scan. Das OCT-System 5 wird von der Steuereinrichtung 29 über eine Steuer- und Datenleitung 53 kontrolliert, und sie empfängt über diese Leitung auch die OCT-Bilddaten von dem OCT-System 5.

[0036] Die Spiegel 61 und 63 sind schwenkbar, um den OCT-Beleuchtungsstrahl 58 auf verschiedene Orte des Objektfeldes 11 abzulenken und die OCT-Messstrahlung von diesen Orten aufzusammeln, also mittels der Spiegel 61, 63 das Objektfeld 11 mindestens teilweise abzuscannen. Wie durch einen Pfeil 71 angedeutet, wirkt der Spiegel 63 als Scanspiegel in x-Richtung (Horizontalrichtung in Fig. 1), der Spiegel 61 als Scanspiegel in y-Richtung (senkrecht zur Zeichenebene in Fig. 1). Die Spiegel 61 und 63 werden von Aktuatoren 73 eingestellt, welche von der Steuereinrichtung 29 über Steuerleitungen 75 gesteuert werden. Die Steuereinrichtung 29 kann somit durch entsprechende Ansteuerung der Aktuatoren 73 den OCT-Messstrahl entlang eines einstellbaren Scanpfades über das Objektfeld führen.

[0037] Die Steuereinrichtung 29 umfasst in einer Ausführungsform eine graphische Benutzerschnittstelle 81, welche einen Bildschirm 83 als Darstellungsmedium, eine Tastatur 84 und eine Maus 85 als Eingabemedien und ein Modul 86 zur Steuerung des Mikroskopiesystem 1 aufweist, welches z.B. in der Steuereinrichtung 29 als Software-Modul läuft.

[0038] Die Funktionsweise des OCT-Systems 5 ist für die nachfolgend erläuterte Bildverbesserung nicht weiter von Bedeutung. Insbesondere kann das OCT-System 5 als SS-OCT, SD-OCT, FT-OCT oder TD-OCT ausgebildet sein, wie es im Stand der Technik für OCT-Systeme

bekannt ist. Das OCT-System 5 erzeugt ein tiefenaufgelöstes Bild 127 des Objektes 7 im Objektfeld. Aufgrund des interferometrischen Prinzips des OCT-Systems 5 wird an jedem Auftreffpunkt des OCT-Beleuchtungsstrahls 58, von dem auch die OCT-Messstrahlung aufgesammelt wird, ein tiefenaufgelöstes Bild 127 erzeugt, das jedoch ohne Verschiebung des Auftreffpunktes nur eindimensional ist, also Tiefeninformation entlang der optischen Achse liefert, welche durch die Einstellung der Ablenkspiegel 61 und 63 vorgegeben ist. Ein solches eindimensionales Bild wird als A-Scan bezeichnet. Lenkt man den Auftreffpunkt des OCT-Beleuchtungsstrahls 58 längs einer Linie ab, ergibt sich ein linienförmiges Bild 127, welches als B-Scan bezeichnet wird. Verschiebt man diese Linie quer zur Linienrichtung, erhält man ein Volumenbild oder einen sogenannten C-Scan. Das Bild 127 ist dann de facto eine 3D-Auflösung des Objektes 7 im Bereich, der durch die Verstellung der Ablenkspiegel 61 und 63 abgetastet wird.

[0039] In der in Fig. 1 gezeigten Ausführungsform weist das Operationsmikroskop 1 neben dem Modul 86, welches die Grundfunktionen des Mikroskopiesystems 1 steuert, noch ein optisches Bildmodul 101 sowie ein OCT-Bildmodul 115 auf. Das optische Bildmodul 101 empfängt Bilddaten von der Kamera 15 und stellt ein optisches Bild bereit. Das OCT-Bildmodul 115 empfängt OCT-Bilddaten vom OCT-System 5 und stellt ein OCT-Bild bereit. Dabei erzeugen OCT-Bildmodul 115 und optisches Bildmodul 101 fortlaufend die entsprechenden Bilder, so dass eine Zeitreihe von OCT-Bildern und eine Abfolge von optischen Bildern zur Verfügung steht, die in einer bevorzugten Ausführungsform jeweils gleichzeitig gewonnen wurden, so dass jedes OCT-Bild der Zeitreihe jeweils einem optischen Bild der Folge entspricht. Die Bildmodule 101 und 115 speichern diese Zeitreihen ab, und ein Benutzer kann sie über die graphische Benutzerschnittstelle 81 abrufen.

[0040] Beim Einsatz des Mikroskopiesystems 1 als Operationsmikroskop wird ein chirurgisches Instrument zur Manipulation des Objektes 7 eingesetzt. Dieses chirurgische Instrument ist ein Beispiel für einen Gegenstand, der im Strahlengang zwischen Objekt 7 und Objektivlinse 17 bewegt wird, im Falle der Augenchirurgie sogar innerhalb des Objektes 7, beispielsweise im Bereich der Netzhaut.

[0041] Fig. 2 zeigt drei OCT-Bilder übereinander, in denen ein Instrument 206 eine Rolle spielt. Im oberen Bild der Fig. 2 ist ein aktuelles OCT-Bild 201 dargestellt, das eine Schnittdarstellung des Objektes 7 zeigt. Zu sehen ist eine Grenzfläche (symbolisiert durch eine Wellenlinie) sowie tieferliegende Schichten (symbolisiert durch eine Strichlierung). Im OCT-Bild 201 befindet sich ein Instrument 206. Dieses ist für die OCT-Beleuchtungsstrahlung 58 nicht transparent. Folglich wirft das Instrument 206 einen Schatten 205, der einen Bereich 204 des Objektes 7 abschattet. In diesem abgeschatteten Bereich 204 ist keine Information im OCT-Bild vorhanden. Vielmehr sieht man bloß die der Objektivlinse 7 zuge-

wandte Grenzfläche des Instrumentes 206, nicht jedoch darunterliegende Bereiche. Das oberste Bild der Fig. 2 ist deshalb ein zu korrigierendes OCT-Bild 201, das hinsichtlich der Abschattungswirkung des Instrumentes 206 korrigiert werden soll.

[0042] Die Steuereinrichtung weist (in Fig. 1 nicht weiter dargestellte) Module, z.B. Softwaremodule, auf, welche in der vom OCT-Bildmodul 115 bereitgestellten Zeitreihe ein anderes OCT-Bild 202 suchen. Bei einem online-Betrieb handelt es sich beim anderen OCT-Bild 202 in der Regel um ein älteres OCT-Bild, also ein OCT-Bild, das in der Zeitreihe, welche vom OCT-Bildmodul 115 bereitgestellt wird, vor dem zu korrigierenden OCT-Bild 201 aufgenommen wurde. Das andere OCT-Bild, welches von der Steuereinrichtung 29 gesucht wird, ist dadurch gekennzeichnet, dass es das Objekt 7 in dem Bereich 204, der im zu korrigierenden OCT-Bild 201 abgeschattet ist, nicht abgeschattet zeigt. Dies ist im mittleren Bild der Fig. 2 exemplarisch als Situation dargestellt, in der das Instrument 206 an einer anderen Stelle im anderen OCT-Bild 202 liegt, als im zu korrigierenden OCT-Bild 201. Der im anderen OCT-Bild 202 abgeschattete Bereich 207 ist damit nicht identisch (Mindestvoraussetzung) oder überlappt überhaupt nicht (Optimalvoraussetzung) mit dem Bereich 204 des Objektes 7, der im zu korrigierenden OCT-Bild 201 abgeschattet ist.

[0043] Die Steuereinrichtung 29 liest für den abgeschatteten Bereich 204 Bildinformation 208 aus dem anderen OCT-Bild 202 aus und setzt sie an der Stelle des abgeschatteten Bereichs 204 in das zu korrigierende OCT-Bild 201 ein. Auf diese Weise erhält sie ein korrigiertes OCT-Bild 203, dessen Bereich 204 ersetzte Bildinformation 208 aufweist, die aus dem anderen OCT-Bild 202 stammt.

[0044] In der in Fig. 2 gezeigten Ausführungsform entfernt die Steuereinrichtung 29 zusätzlich im zu korrigierenden OCT-Bild 201 die Grenzfläche des Instrumentes 206. Dies ist optional.

[0045] Weiter optional ist die im korrigierten Bild 203 gezeigte Ausgestaltung, dergemäß die gesetzte Bildinformation 208 markiert wird, beispielsweise durch eine Graudarstellung. In der Schemazeichnung der Fig. 2 ist diese Markierung durch eine Punktierung im Bereich 204 symbolisiert. In einer Weiterbildung dieser Ausführungsform erfolgt die Markierung derart, dass sie einen Hinweis auf den zeitlichen Abstand zwischen dem zu korrigierenden OCT-Bild 201, das bei Online-Betrieb in der Regel ein aktuelles OCT-Bild ist, und dem anderen OCT-Bild 202, aus dem die Bildinformation 208 entnommen und im korrigierten OCT-Bild 203 ersetzt wurde. Auf diese Weise kann ein Benutzer, dem beispielsweise auf dem Bildschirm 83 das korrigierte OCT-Bild 203 angezeigt wird, einfach und intuitiv erkennen, dass die Abbildung des Objektes 7 im Bereich 204 ältere Bildinformationen enthält.

[0046] Die anhand der Fig. 2 gezeigte Bildkorrektur kann, wie bereits erwähnt, online, d.h. während laufender Erzeugung der Zeitreihe durch das OCT-Modul 115 aus-

geführt werden. In einem solchen Fall wird es sich in der Regel beim zu korrigierenden OCT-Bild 201 um ein aktuelles OCT-Bild handeln. Die Bildverbesserung kann jedoch auch offline an bereits aufgenommenen Zeitreihen durchgeführt werden, die vom OCT-Bildmodul 115 zu einem früheren Zeitpunkt erzeugt und abgespeichert wurden.

[0047] Die Detektion des Instrumentes 206 und des daraus folgenden abgeschatteten Bereichs 204 kann ausschließlich anhand der OCT-Bilder, welche vom OCT-Bildmodul 115 bereitgestellt wurden, erfolgen. In einer derart vereinfachten Ausführungsform muss das Mikroskopiesystem keine optische Abbildung erzeugen. Mit anderen Worten, alle Elemente im Strahlengang oberhalb des Spiegels 69 können entfallen, auch das optische Bildmodul 101.

[0048] Die anhand des korrigierten Bildes 203 erläuterte Markierung der ersetzten Bildinformation 208 informiert einen Benutzer über Bildbereiche, deren Bildinformation möglicherweise eine geringere Zuverlässigkeit hat, da sie aus dem anderen Bild 202, also in der Regel aus einem älteren Bild stammt. Diese Information kann alternativ oder zusätzlich auch dadurch bereitgestellt werden, dass ein Korrekturinformationssystem 29 erzeugt wird. Das Korrekturinformationssystem 29 zeigt eine vereinfachte Darstellung des Objektes 7, in der der Bereich 204, in dem die ersetzte Bildinformation 208 verwendet wurde, und der aktuelle Bereich 210 unterschiedlich markiert werden. Die Markierung kann wiederum den zeitlichen Abstand zwischen dem anderen OCT-Bild 202 und dem zu korrigierenden OCT-Bild 201 kodieren, beispielsweise als Graustufen- oder Farbmarkierung.

[0049] Eine besonders bevorzugte Ausführungsform der Erfindung nutzt die Fähigkeit des Mikroskopiesystems 1, das zusätzlich zum OCT-Bild auch ein optisches Bild des Objektes 7 bereitstellt dahingehend, dass die Lage des abschattenden Instrumentes 206 und insbesondere die Lage des Schattens 205 und damit letztlich die Bestimmung des Bereiches 204 anhand des optischen Bildes erfolgt. Dies ist bereits deshalb vorteilhaft, da das optische Bild in der Regel eine sehr viel höhere Auflösung bereitstellt, als das OCT-Bild, was die Ermittlung des Bereiches 204 mit höherer Präzision erlaubt.

[0050] Fig. 4 bezieht sich auf diese bevorzugte Ausführungsform, wobei Elemente, die denen der Fig. 1 entsprechen, mit denselben Bezugszeichen versehen sind. Die Kamera 15 steht im Blockschaltbild der Fig. 4 exemplarisch für das optische Mikroskop, das mittels des optischen Bildmoduls 101 eine Abfolge von optischen Bildern erzeugt.

[0051] Die Abfolge von optischen Bildern erlaubt es zum einen in einem Stabilisierungsmodul M1 eine Ansteuerinformation für das OCT-System 5 zu gewinnen, die sicherstellt, dass das OCT-System 5 an einer gewünschten und bekannten Stelle, die auf das optische Bild bezogen ist, das OCT-Bild erzeugt. Dies ist auch deshalb vorteilhaft, da das OCT-Bild in der Regel eine

sehr viel geringere Ausdehnung hat als das optische Bild.

[0052] Gleichzeitig wird in einem Instrumentenverfolgmodul M2 die Bewegung des Instrumentes im optischen Bild ermittelt. Das Instrumentenverfolgmodul M2 enthält dazu die optischen Bilddaten der Abfolge von optischen Bildern vom optischen Bildmodul 101. Das OCT-System 5 liefert die OCT-Bilddaten an ein Schattendetektionsmodul M3, das zusätzlich vom Instrumentenverfolgmodul M2 eine Information über die Lage des optischen Instruments bezogen auf das OCT-Bild erhält. Das Schattendetektionsmodul M3 ermittelt die Lage des Schattens 205 und damit letztlich des abgeschatteten Bereiches 204.

[0053] Die entsprechende Information wird in ein Speichermodul M4 eingeschrieben, das unter anderem die Zeitreihe enthält. Im Speichermodul M4 liegt damit eine Folge von Angaben über den abgeschatteten Bereich 204 in den OCT-Bildern vor. In einem Registrierungsmodul M5 werden die Angaben des Ortes des abgeschatteten Bereichs 204 bezüglich der aktuellen Position des OCT-Bilds zum OCT-System 5 registriert.

[0054] Ein Kompensationsmodul M6 erhält schließlich die aktuelle Angabe über den abgeschatteten Bereich 204 sowie die aus dem Speichermodul M5 mittels des Registrierungsmoduls M6 gewonnene Folge von Angaben über den abgeschatteten Bereich 204 in der Zeitreihe von OCT-Bildern. Zusammen mit der Information aus dem Instrumentenverfolgmodul M2 ermittelt das Kompensationsmodul M6 damit, wie bereits zuvor anhand der Fig. 2 erläutert, das jüngste andere Bild 201, in dem für den abgeschatteten Bereich 204 Bildinformation vom Objektiv vorliegt, und erzeugt das korrigierte OCT-Bild 203.

[0055] Ein Anzeigemodul M7 ermittelt den zeitlichen Abstand zwischen dem anderen OCT-Bild 202 und dem zu korrigierenden OCT-Bild 201 und markiert die ersetzte Bildinformation 208 entsprechend. Es gibt das entsprechende korrigierte Bild 203 (und soweit erzeugt auch das Korrekturinformationssystem 29) auf dem Bildschirm 83 aus.

[0056] Fig. 4 zeigt ein Blockschaltbild eines Verfahrensablaufs zur Verbesserung eines OCT-Bildes hinsichtlich Abschattungen durch einen Gegenstand, der sich im Abbildungsstrahlengang der OCT-Bildgebung befindet. In einem Schritt S0 wird das Verfahren gestartet.

[0057] Ein Schritt S1 stellt eine Zeitreihe von OCT-Bildern bereit, beispielsweise durch Zugriff auf einen Speicher, der im Online-Betrieb OCT-Bilder zum Bilden einer Zeitreihe abspeichert, oder durch Einspielen einer entsprechenden Zeitreihe, die bei einem Offline-Betrieb früher aufgenommen wurde.

[0058] In einem Schritt S2 wird das zu korrigierende OCT-Bild 201 festgelegt. Bei einem Online-Betrieb wird es sich üblicherweise um das aktuellste OCT-Bild handeln. Die Auswahl des zu korrigierenden OCT-Bilds 201 kann aber auch durch einen Benutzer gesteuert werden, was insbesondere im Offline-Betrieb zweckmäßig ist.

[0059] In einem Schritt S3 wird das zum zu korrigierenden OCT-Bild zugehörige optische Bild erfasst oder ausgelesen. Nach einer Lageregistrierung im Schritt S4 zwischen optischem Bild und zu korrigierendem OCT-Bild 201 sucht ein Schritt S5 das abschattende Instrument im optischen Bild. Ein Schritt S6 ermittelt die Lage des Schattens im OCT-Bild 201 und dem von der Abschattung betroffenen Bildbereich 204. Ein Schritt S7 sucht dann ein älteres Bild ohne oder mit nicht vollständig abgeschattetem Bereich 204. Hierbei sei darauf hingewiesen, dass eine Bildverbesserung bereits dann erfolgt, wenn ein anderes Bild 202 gefunden wird, in dem der Bereich 204 zwar möglicherweise teilweise nicht jedoch vollständig abgeschattet ist. Dies ermöglicht bereits eine Verbesserung dahingehend, dass der Bereich 204, der von der Abschattung betroffen ist, verkleinert werden kann, nämlich auf einen Bereich, in dem der Bereich 207 des anderen OCT-Bilds 202 mit dem Bereich 204 des zu korrigierenden OCT-Bildes 201 überlappt.

[0060] Eine Sicherheitsabfrage im Schritt S8 überprüft, ob es gelang, ein solches anderes Bild zu finden. Nach einer direkten Aufnahme des Verfahrens im Online-Betrieb kann eine Situation auftreten, dass das Instrument 206 (noch) nicht bewegt wurde. In diesem Fall ist keine Bildverbesserung möglich und es wird (N-Verzweigung) zum Schritt S2 zurückgesprungen, mit der Maßgabe, dass dort ein anderes zu korrigierendes Bild S2 ausgewählt wird. Bei einem Online-Betrieb ist diese Anforderung durch die fortschreitende Aufnahme der Zeitreihe an OCT-Bildern unproblematisch erfüllbar. Bei einem Offline-Betrieb liegt ohnehin eine Zeitreihe von OCT-Bildern vor, so dass auch hier die Anforderung, ein anderes OCT-Bild für die Korrektur auszuwählen, sicher erfüllt werden kann.

[0061] Gelang es jedoch im Schritt S7 ein älteres OCT-Bild mit nicht vollständig abgeschattetem Bereich 204 zu finden (J-Verzweigung) wird in einem Schritt S9 die Bildinformation für diesen Bereich 204 aus dem anderen OCT-Bild 202 ausgelesen.

[0062] Ein Schritt S10 überschreibt für den Bereich 204 die Bildinformation im zu korrigierenden OCT-Bild 201, das im Schritt S1 festgelegt wurde, mit der ausgelesenen Bildinformation für den Bereich 204 aus dem anderen OCT-Bild 202, das im Schritt S7 aufgefunden wurde.

[0063] Dabei sei darauf hingewiesen, dass der Schritt S7 in einer bevorzugten Ausführungsform ein anderes OCT-Bild 202 sucht, das in möglichst geringem zeitlichen Abstand im zu korrigierenden OCT-Bild 201 aufgenommen wurde.

[0064] Durch die Einfügung der Bildinformation 208 in den Bereich 204 des zu korrigierenden OCT-Bilds 201 wird das korrigierte OCT-Bild 203 erzeugt. Ein Schritt S12 ermittelt den seitlichen Abstand zwischen dem anderen OCT-Bild 202 und dem zu korrigierenden OCT-Bild 201, d.h. den Altersabstand zwischen der in den Bereich 204 eingefügten Bildinformation 208 und der restlichen Abbildung des Objektes 7. Dieser Abstand wird dann in einem Schritt S13 zur Markierung der eingefüg-

ten Bildinformation 208 verwendet, wobei die Markierung den Altersabstand anzeigt, beispielsweise durch eine Graustufen- oder Farbcodierung.

[0065] In einem Schritt S14 wird abgefragt, ob das Verfahren beendet ist, d.h. ob weitere Bilder im Schritt S2 auszuwählen sind. Ist das Verfahren nicht beendet (N-Verzweigung), wird zum Schritt S2 zurückgesprungen, wiederum mit der Maßgabe, ein weiteres zu korrigierendes OCT-Bild 201 auszuwählen. Im Falle dass das Verfahren zu Ende ist (J-Verzweigung), wird das Verfahren im Schritt S15 beendet.

[0066] Folgende Modifikationen oder Abwandlungen bzw. spezielle Ausführungsformen sind möglich:

Wie bereits erwähnt, ist es vorteilhaft, die Detektion des Schattens 205 und die Ermittlung des im OCT-Bild von der Abschattung betroffenen Bereichs 204 in einem zugeordneten optischen Bild des Objektes 7 auszuführen. Aufgrund des größeren Bildfeldes kann dabei in einer optionalen Weiterbildung die Lage des abschattenden Gegenstandes verfolgt werden. Es ist jedoch gleichermaßen möglich, den Ort des Gegenstandes im OCT-Bild in damit den von der Abschattung betroffenen Bereich 204 direkt und ausschließlich im OCT-Bild zu ermitteln.

[0067] Das Verfahren kann online wie offline durchgeführt werden. In einem Online-Betrieb werden aktuelle OCT-Bilder verbessert, indem auf die Zeitreihe zugegriffen wird, welche frühere OCT-Bilder enthält. In einem Offline-Betrieb wird die Zeitreihe zur Verfügung gestellt, die beispielsweise früher aufgenommen wurde. Das Verfahren muss dann nicht in einem Mikroskopsystem durchgeführt werden, sondern kann auch durch eine entsprechend programmierte Steuereinrichtung bewirkt werden. Auch im Offline-Betrieb ist es möglich, die Lage des von der Abschattung betroffenen Bereichs 204 entweder im OCT-Bild oder in einer zugehörigen Abfolge optischer Bilder zu ermitteln.

[0068] Die Verbesserung des OCT-Bildes ist vorstehend anhand eines Operationsmikroskops beschrieben, und der abschattende Gegenstand ist als chirurgisches Instrument erwähnt. Gleichermäßen ist jedoch eine Anwendung an totem Material gleichermaßen möglich, beispielsweise bei einer Autopsie oder der Untersuchung von technischem Material. Weiter wurde erläutert, dass das Instrument in das Objekt 7 eingeführt wird, während dies mit optischer Kohärenztomographie abgebildet wird. Die Bildverbesserung wird in einer Ausführungsform ebenso ausgeführt, wenn der Gegenstand sich außerhalb des Objektes 7 befindet.

[0069] In der Bauweise gemäß Fig. 1 ist das Mikroskopsystem als Kombinationsmikroskop ausgestaltet. Zwar erleichtert dies die Lageregistrierung von optischen Bildern und OCT-Bildern, jedoch ist die Verwendung optischer Bilder zur Verbesserung des OCT-Bildes gleichermaßen auch mit getrennten Mikroskopen, die sich weniger optische Elemente teilen, als es im Mikroskop-

system der Fig. 1 der Fall ist, oder gar keine.

[0070] In der Ausführungsform der Fig. 2 wird ein anderes OCT-Bild 202 gesucht, in dem der von der Abschattung betroffene Bereich 204 vollständig abgebildet ist. Dies ist, wie bereits erwähnt, der Optimalfall, da dann ein vollständig von Abschattung unbeeinträchtigtes korrigiertes Bild 203 erhalten wird. Wie bereits erwähnt, wird eine Bildverbesserung auch bereits dann erreicht, wenn ein anderes OCT-Bild 202 gefunden wird, in dem der Bereich 204 nur teilweise abgeschattet ist. In einer Weiterbildung ist es möglich, eine Gütefunktion zu definieren, die eine Abwägung zwischen dem Altersunterschied von anderem OCT-Bild 202 und zu korrigierendem OCT-Bild 201 und dem Grad der Abbildung des Bereiches 204 im anderen OCT-Bild 202 liefert. Auf diese Weise wird verhindert, dass für einen vollständigen Ersatz des Bereiches 204 durch Bildinformation 208 aus dem anderen OCT-Bild 202 auf ein sehr altes anderes OCT-Bild 202 zugegriffen wird. In einer Weiterbildung ist diese Gütefunktion vom Benutzer einstellbar, so dass er die Bedeutung einer möglichst vollständigen Abbildung des Objektes 7 oder einer möglichst aktuellen Abbildung des Objektes 7 gegeneinander abwägen kann.

[0071] In einer Ausführungsform wird verhindert, dass ein unerwünscht altes, anderes OCT-Bild 202 für die Gewinnung der Bildinformation 208 im abgeschatteten Bereich 204 herangezogen wird, indem ein Zeitfenster für die Zeitreihe definiert wird, innerhalb der das andere OCT-Bild 202 bezogen auf das zu korrigierende OCT-Bild 201 liegen muss. Die Definition eines solchen Zeitfensters ergänzt oder ersetzt die Verwendung der erwähnten Gütefunktion.

[0072] Das erfindungsgemäße Verfahren beziehungsweise das Steuergerät des erfindungsgemäßen Kombinationsmikroskops umfasst/bewirkt zwei Überprüfungsschritte. In einem ersten Schritt wird ein zu korrigierendes Bild daraufhin überprüft, ob es im OCT-Bild 201 einen Bereich 204 des Objektes 7 gibt, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet wird. In einem zweiten Überprüfungsschritt wird ein anderes OCT-Bild 202 der Zeitreihe gesucht, in dem der im ersten Überprüfungsschritt ermittelte Bereich 204 nicht durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist. Bei beiden Überprüfungsschritten kann eine Schwellwertüberprüfung verwendet werden. Zum Ermitteln des Bereiches 204, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet wird, ist dann ein Referenzwert, der bei der Schwellwertüberprüfung zugrunde gelegt wird, genau so gewählt, dass damit eine Abschattung durch den Gegenstand, d. h. das Operationsinstrument, erkannt wird. Es ist deshalb für einige Ausführungsformen bevorzugt, dass bei der automatischen Suche der abgeschatteten Bereiche ein Schwellwert verwendet wird, der genau so gewählt wird/ist, dass damit ein Schatten, den der Gegenstand (z. B. ein Operationsinstrument) wirft, erkannt wird. Analog ist bei der Suche nach dem anderen OCT-Bild 202, in dem der Bereich 204 nicht durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist, der Referenzwert so gewählt, dass damit eine mangelnde Abschattung durch

den Gegenstand 206 erkannt wird.

[0073] Es kann sich bei beiden Überprüfungsschritten um denselben Referenzwert handeln, beispielsweise einen Helligkeits- oder Intensitätsreferenzwert, der einmal unterschritten (1. Suche) und das andere Mal überschritten (2. Suche) werden muss. Ob eine Über- oder Unterschreitung vorliegt, ist letztlich von der Art des OCT-Bildes abhängig. Bei einem Negativbild lägen die Verhältnisse genau umgekehrt. Natürlich sind auch unterschiedliche Referenzwerte möglich, um eine Art Hysterese zu bewirken.

[0074] In beiden Überprüfungsschritten kann natürlich alternativ die bereits erwähnte Detektion im optischen Bild des Objektes 7, verwendet werden, d. h. die abgeschatteten und/oder nichtabgeschatteten Bereiche werden nicht im OCT-Bild ermittelt. Auch hierbei kann die genannte Schwellwertuntersuchung verwendet werden, wobei zusätzlich die Relativlage von optischem Bild und OCT-Bild und gegebenenfalls unterschiedliche Blickwinkel zu berücksichtigen sind. Letztlich wird dann aus dem optischen Bild die Lage des abgeschatteten Bereichs des OCT-Bildes ermittelt. Diese Lage kann als Zusatzinformation zum OCT-Bild abgespeichert werden, um eine spätere Offline-Analyse zu erreichen, oder das optische Bild wird zusätzlich zum OCT-Bild abgespeichert, sodass das gesamte Verfahren nachträglich, d. h. offline ausgeführt werden kann.

[0075] Selbstverständlich ist auch eine Kombination der Schwellwertuntersuchung und der Analyse eines optischen Bildes möglich, beispielsweise kann für den ersten Überprüfungsschritt eine Untersuchung im OCT-Bild und für den zweiten Überprüfungsschritt die Verwendung eines optischen Bildes beziehungsweise der daraus abgeleiteten Information verwendet werden. Umgekehrtes ist gleichermaßen in Ausführungsformen möglich, d. h. die erste Überprüfung erfolgt anhand eines optischen Bildes und die zweite Überprüfung anhand des OCT-Bildes. Darüber hinaus ist es möglich, die Art der Überprüfung abhängig von weiteren Umständen, beispielsweise einer Angabe über den verwendeten Gegenstand zu wählen.

[0076] Die Erfindung kann beispielshalber auch folgendermaßen charakterisiert werden:

1. Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes 201 eines Objektes 7, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei eine Zeitreihe von OCT-Bildern bereitgestellt wird, die vom Objekt 7 mittels optischer Kohärenztomographie durch einen Abbildungsstrahlengang 3 erzeugt wurden und, wobei das Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes, um Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand 206, insbesondere ein Operationsinstrument, zu unterdrücken, verschiedene OCT-Bilder der Zeitreihe kombiniert, wobei

- ein zu korrigierendes OCT-Bild 201 festgelegt wird,
- im zu korrigierenden OCT-Bild 201 ein Bereich

- 204 des Objektes 7 ermittelt wird, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet wird,
- in der Zeitreihe ein anderes, bevorzugt älteres, OCT-Bild 202 gesucht wird, in dem der Bereich 204 des Objektes 7 nicht durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist, 5
 - aus diesem anderen OCT-Bild 202 für den Bereich 204 des Objektes 7 Bildinformation 208 ausgelesen wird und
 - ein korrigiertes OCT-Bild 203 erzeugt wird, indem in das zu korrigierende OCT-Bild 201 die ausgelesene Bildinformation 208 eingefügt wird, wobei die Bildinformation 208 im zu korrigierenden OCT-Bild 201 den Bereich 204 des Objektes 7, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet wird, ersetzt. 10 15
2. Verfahren nach Nummer 1, wobei im korrigierten OCT-Bild 203 der Bereich 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt wurde, markiert wird. 20
3. Verfahren nach Nummer 2, wobei der Bereich 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt wurde, hinsichtlich eines zeitlichen Abstand zwischen dem zu korrigierenden OCT-Bild 201 und dem anderen OCT-Bild 202 kodiert wird, insbesondere durch eine Graustufen- oder Farbdarstellung des Bereiches 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt wurde, im korrigierten OCT-Bild 203. 25 30
4. Verfahren nach Nummer 1, wobei ein Korrekturinformationsbild 209 erzeugt wird, das den Bereich 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt wurde, anzeigt. 35
5. Verfahren nach einer der obigen Nummern, wobei das Objekt 7 zusätzlich optisch abgebildet und so ein optisches Bild des Objektes 7 erzeugt wird, wobei die Lage des Gegenstands 206 im optischen Bild festgestellt wird und daraus der Bereich 204 des Objektes 7 ermittelt wird, der durch den Gegenstand 206 im zu korrigierenden OCT-Bild 201 abgeschattet wird. 40 45
6. Verfahren nach Nummer 5, wobei eine Abfolge von optischen Bildern bereitgestellt wird, die parallel zur Zeitreihe von OCT-Bildern erzeugt wurde, wobei im Verfahren aus der Abfolge von optischen Bildern eine Folge von Angaben über den Bereich des Objektes, der durch den Gegenstand 206 im zu korrigierenden OCT-Bild 201 abgeschattet wird, ermittelt wird, wobei jede Angabe der Folge einem OCT-Bild der Zeitreihe zugeordnet wird. 50 55
7. Verfahren nach einer der Nummern 1 bis 4, wobei der durch den Gegenstand 206 abgeschattete Be-

reich 204 mittels einer Schwellwertanalyse ermittelt wird, wobei ein Referenzwert, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, so gewählt ist, dass damit eine Abschattung durch den Gegenstand 206 erkannt wird.

8. Verfahren nach einer der Nummern 1 bis 4 oder 7, wobei bei der Suche des anderen Bildes 202, in dem der Bereich 204 des Objektes 7 nicht durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist, eine Schwellwertüberprüfung verwendet wird, wobei ein Referenzwert verwendet wird, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, so gewählt ist, dass damit eine nicht erfolgte Abschattung durch den Gegenstand 206 erkannt wird.

9. Bildbearbeitungseinrichtung zur Unterdrückung von Abschattungen durch einen in einem Abbildungsstrahlengang 3 bewegten Gegenstand 206, insbesondere ein Operationsinstrument, in einer Zeitreihe von OCT-Bildern durch Kombination von OCT-Bildern der Zeitreihe, wobei

- die Bildbearbeitungseinrichtung 29 für ein zu korrigierendes OCT-Bild 201 ein in diesem OCT-Bild 201 liegenden Bereich 204 des Objektes 7 ermittelt, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist,
- die Bildbearbeitungseinrichtung 29 in der Zeitreihe ein anderes OCT-Bild 202 sucht, in dem der Bereich 204 des Objektes 7 nicht durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist,
- die Bildbearbeitungseinrichtung 29 aus diesem anderen OCT-Bild 202 für den Bereich 204 des Objektes 7 Bildinformation ausliest und
- die Bildbearbeitungseinrichtung 29 ein korrigiertes OCT-Bild 203 erzeugt, indem sie in das zu korrigierende OCT-Bild 201 die ausgelesene Bildinformation 208 einfügt, wobei die Bildinformation 208 im zu korrigierenden OCT-Bild 201 den Bereich 204 des Objektes 7, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist, ersetzt.

10. Bildbearbeitungseinrichtung nach Nummer 9, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung 29 im korrigierten OCT-Bild 203 den Bereich 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt ist, markiert.

11. Bildbearbeitungseinrichtung nach Nummer 10, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung 29 des Bereich 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt ist, hinsichtlich eines zeitlichen Abstand zwischen dem zu korrigierenden OCT-Bild 201 und dem anderen OCT-Bild 202 kodiert, insbesondere durch eine Graustufen- oder Farbdarstellung des Bereiches 204 des Objektes 7, in den die

Bildinformation 208 eingefügt ist, im korrigierten OCT-Bild 203.

12. Bildbearbeitungseinrichtung nach Nummer 9, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung 29 ein Korrekturinformationbild 209 erzeugt, das den Bereich 204 des Objektes 7, in den die Bildinformation 208 eingefügt ist, anzeigt.

13. Bildbearbeitungseinrichtung nach einer der Nummern 9 bis 12, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung 29 den durch den Gegenstand 206 abgeschatteten Bereich 204 des Objektes 7 mittels einer Schwellwertanalyse ermittelt, wobei ein Referenzwert, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, so gewählt ist, dass damit eine Abschattung durch den Gegenstand 206 erkannt ist, und/oder dass die Bildbearbeitungseinrichtung 29 bei der Suche des anderen OCT-Bildes 202, in dem der Bereich 204 des Objektes 7 nicht durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist, eine Schwellwertanalyse verwendet, bei der ein Schwellwert, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, verwendet wird, der so gewählt ist, dass damit eine ausgebliebene Abschattung durch den Gegenstand 206 erkannt ist.

14. Mikroskop zur Abbildung eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei das Kombinationsmikroskop 1 einen Abbildungsstrahlengang 3 aufweist, der das Objekt 7 mittels optischer Kohärenztomographie 5 abbildet, und eine Bildbearbeitungseinrichtung 29 gemäß einer der Nummern 9 bis 13 aufweist.

15. Mikroskop nach Nummer 13, wobei es als Kombinationsmikroskop ausgebildet ist und eine Kamera 15 aufweist, die ein optisches Bild des Objektes 7 erzeugt und Optikbilddaten bereitstellt, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung 29 die Optikbilddaten ausliest, die Lage des Gegenstands 206 im optischen Bild feststellt und daraus den Bereich 204 des Objektes 7 ermittelt, der durch den Gegenstand 206 im zu korrigierenden OCT-Bild 201 abgeschattet ist, wobei bevorzugt die Bildbearbeitungseinrichtung 29 parallel zur Zeitreihe von OCT-Bildern eine Abfolge von optischen Bildern abspeichert und daraus eine Folge von Angaben über den Bereich 204 des Objektes 7, der durch den Gegenstand 206 abgeschattet ist, ermittelt, wobei jede Angabe der Folge einem OCT-Bild der Zeitreihe zugeordnet ist.

Patentansprüche

1. Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes (201) eines Objekts (7), insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei

- eine Zeitreihe von OCT-Bildern bereitgestellt wird, die vom Objekt (7) mittels optischer Kohärenztomographie durch einen Abbildungsstrahlengang (3) erzeugt wurden, und
- das Verfahren zum Verbessern eines OCT-Bildes, um Abschattungen durch einen im Abbildungsstrahlengang bewegten Gegenstand (206), insbesondere ein Operationsinstrument, zu unterdrücken, verschiedene OCT-Bilder der Zeitreihe kombiniert,
- ein zu korrigierendes OCT-Bild (201) festgelegt wird,
- im zu korrigierenden OCT-Bild (201) ein Bereich (204) des Objektes (7) ermittelt wird, der durch den Gegenstand (206) abgeschattet wird,
- in der Zeitreihe ein anderes, bevorzugt älteres, OCT-Bild (202) gesucht wird, in dem der Bereich (204) des Objektes (7) nicht durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist,
- aus diesem anderen OCT-Bild (202) für den Bereich (204) des Objektes (7) Bildinformation (208) ausgelesen wird,
- ein korrigiertes OCT-Bild (203) erzeugt wird, indem in das zu korrigierende OCT-Bild (201) die ausgelesene Bildinformation (208) eingefügt wird, wobei die Bildinformation (208) im zu korrigierenden OCT-Bild (201) den Bereich (204) des Objektes (7), der durch den Gegenstand (206) abgeschattet wird, ersetzt und
- im korrigierten OCT-Bild (203) der Bereich (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt wurde, markiert wird.

2. Verfahren nach Anspruch 1, **dadurch gekennzeichnet, dass** der Bereich (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt wurde, hinsichtlich eines zeitlichen Abstand zwischen dem zu korrigierenden OCT-Bild (201) und dem anderen OCT-Bild (202) kodiert wird, insbesondere durch eine Graustufen- oder Farbdarstellung des Bereiches (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt wurde, im korrigierten OCT-Bild (203).

3. Verfahren nach Anspruch 1, **dadurch gekennzeichnet, dass** ein Korrekturinformationbild (209) erzeugt wird, das den Bereich (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt wurde, anzeigt.

4. Verfahren nach einem der obigen Ansprüche, **dadurch gekennzeichnet, dass** das Objekt (7) zusätzlich optisch abgebildet und so ein optisches Bild des Objektes (7) erzeugt wird, wobei die Lage des Gegenstands (206) im optischen Bild festgestellt wird und daraus der Bereich (204) des Objektes (7) ermittelt wird, der durch den Gegenstand (206) im zu korrigierenden OCT-Bild (201) abgeschattet wird.

5. Verfahren nach Anspruch 4, **dadurch gekennzeichnet, dass** eine Abfolge von optischen Bildern bereitgestellt wird, die parallel zur Zeitreihe von OCT-Bildern erzeugt wurde, wobei im Verfahren aus der Abfolge von optischen Bildern eine Folge von Angaben über den Bereich des Objektes, der durch den Gegenstand (206) im zu korrigierenden OCT-Bild (201) abgeschattet wird, ermittelt wird, wobei jede Angabe der Folge einem OCT-Bild der Zeitreihe zugeordnet wird.
 - die Bildbearbeitungseinrichtung (29) im korrigierten OCT-Bild (203) den Bereich (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt ist, markiert.
6. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 3, **dadurch gekennzeichnet, dass** der durch den Gegenstand (206) abgeschattete Bereich (204) mittels einer Schwellwertanalyse ermittelt wird, wobei ein Referenzwert, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, so gewählt ist, dass damit eine Abschattung durch den Gegenstand (206) erkannt wird.
7. Verfahren nach einem der Ansprüche 1 bis 3 oder 6, **dadurch gekennzeichnet, dass** bei der Suche des anderen Bildes (202), in dem der Bereich (204) des Objektes (7) nicht durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist, eine Schwellwertüberprüfung verwendet wird, wobei ein Referenzwert verwendet wird, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, so gewählt ist, dass damit eine nicht erfolgte Abschattung durch den Gegenstand (206) erkannt wird.
8. Bildbearbeitungseinrichtung zur Unterdrückung von Abschattungen durch einen in einem Abbildungsstrahlengang (3) bewegten Gegenstand (206), insbesondere ein Operationsinstrument, in einer Zeitreihe von OCT-Bildern durch Kombination von OCT-Bildern der Zeitreihe, wobei
 - die Bildbearbeitungseinrichtung (29) für ein zu korrigierendes OCT-Bild (201) ein in diesem OCT-Bild (201) liegenden Bereich (204) des Objektes (7) ermittelt, der durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist,
 - die Bildbearbeitungseinrichtung (29) in der Zeitreihe ein anderes OCT-Bild (202) sucht, in dem der Bereich (204) des Objektes (7) nicht durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist,
 - die Bildbearbeitungseinrichtung (29) aus diesem anderen OCT-Bild (202) für den Bereich (204) des Objektes (7) Bildinformation ausliest,
 - die Bildbearbeitungseinrichtung (29) ein korrigiertes OCT-Bild (203) erzeugt, indem sie in das zu korrigierende OCT-Bild (201) die ausgelesene Bildinformation (208) einfügt, wobei die Bildinformation (208) im zu korrigierenden OCT-Bild (201) den Bereich (204) des Objektes (7), der durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist, ersetzt und
9. Bildbearbeitungseinrichtung nach Anspruch 8, **dadurch gekennzeichnet, dass** die Bildbearbeitungseinrichtung (29) den Bereich (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt ist, hinsichtlich eines zeitlichen Abstand zwischen dem zu korrigierenden OCT-Bild (201) und dem anderen OCT-Bild (202) kodiert, insbesondere durch eine Graustufen- oder Farbdarstellung des Bereiches (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt ist, im korrigierten OCT-Bild (203).
10. Bildbearbeitungseinrichtung nach Anspruch 8, **dadurch gekennzeichnet, dass** die Bildbearbeitungseinrichtung (29) ein Korrekturinformationssbild (209) erzeugt, das den Bereich (204) des Objektes (7), in den die Bildinformation (208) eingefügt ist, anzeigt.
11. Bildbearbeitungseinrichtung nach einem der Ansprüche 8 bis 10, **dadurch gekennzeichnet, dass** die Bildbearbeitungseinrichtung (29) den durch den Gegenstand (206) abgeschatteten Bereich (204) des Objektes (7) mittels einer Schwellwertanalyse ermittelt, wobei ein Referenzwert, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, so gewählt ist, dass damit eine Abschattung durch den Gegenstand (206) erkannt ist, und/oder dass die Bildbearbeitungseinrichtung (29) bei der Suche des anderen OCT-Bildes (202), in dem der Bereich (204) des Objektes (7) nicht durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist, eine Schwellwertanalyse verwendet, bei der ein Schwellwert, auf dessen Über- oder Unterschreitung geprüft wird, verwendet wird, der so gewählt ist, dass damit eine ausgebliebene Abschattung durch den Gegenstand (206) erkannt ist.
12. Mikroskop zur Abbildung eines Objekts, insbesondere der Netzhaut eines Auges, wobei das Kombinationsmikroskop (1) einen Abbildungsstrahlengang (3) aufweist, der das Objekt (7) mittels optischer Kohärenztomographie (5) abbildet, und eine Bildbearbeitungseinrichtung (29) gemäß einem der Ansprüche 8 bis 11 aufweist.
13. Mikroskop nach Anspruch 12, **dadurch gekennzeichnet, dass** es als Kombinationsmikroskop ausgebildet ist und eine Kamera (15) aufweist, die ein optisches Bild des Objektes (7) erzeugt und Optikbilddaten bereitstellt, wobei die Bildbearbeitungseinrichtung (29) die Optikbilddaten ausliest, die Lage des Gegenstands (206) im optischen Bild feststellt und daraus den Bereich (204) des Objektes (7) ermittelt, der durch den Gegenstand (206) im zu korrigierenden OCT-Bild (201) abgeschattet ist, wobei

bevorzugt die Bildbearbeitungseinrichtung (29) parallel zur Zeitreihe von OCT-Bildern eine Abfolge von optischen Bildern abspeichert und daraus eine Folge von Angaben über den Bereich (204) des Objektes (7), der durch den Gegenstand (206) abgeschattet ist, ermittelt, wobei jede Angabe der Folge einem OCT-Bild der Zeitreihe zugeordnet ist.

5

10

15

20

25

30

35

40

45

50

55

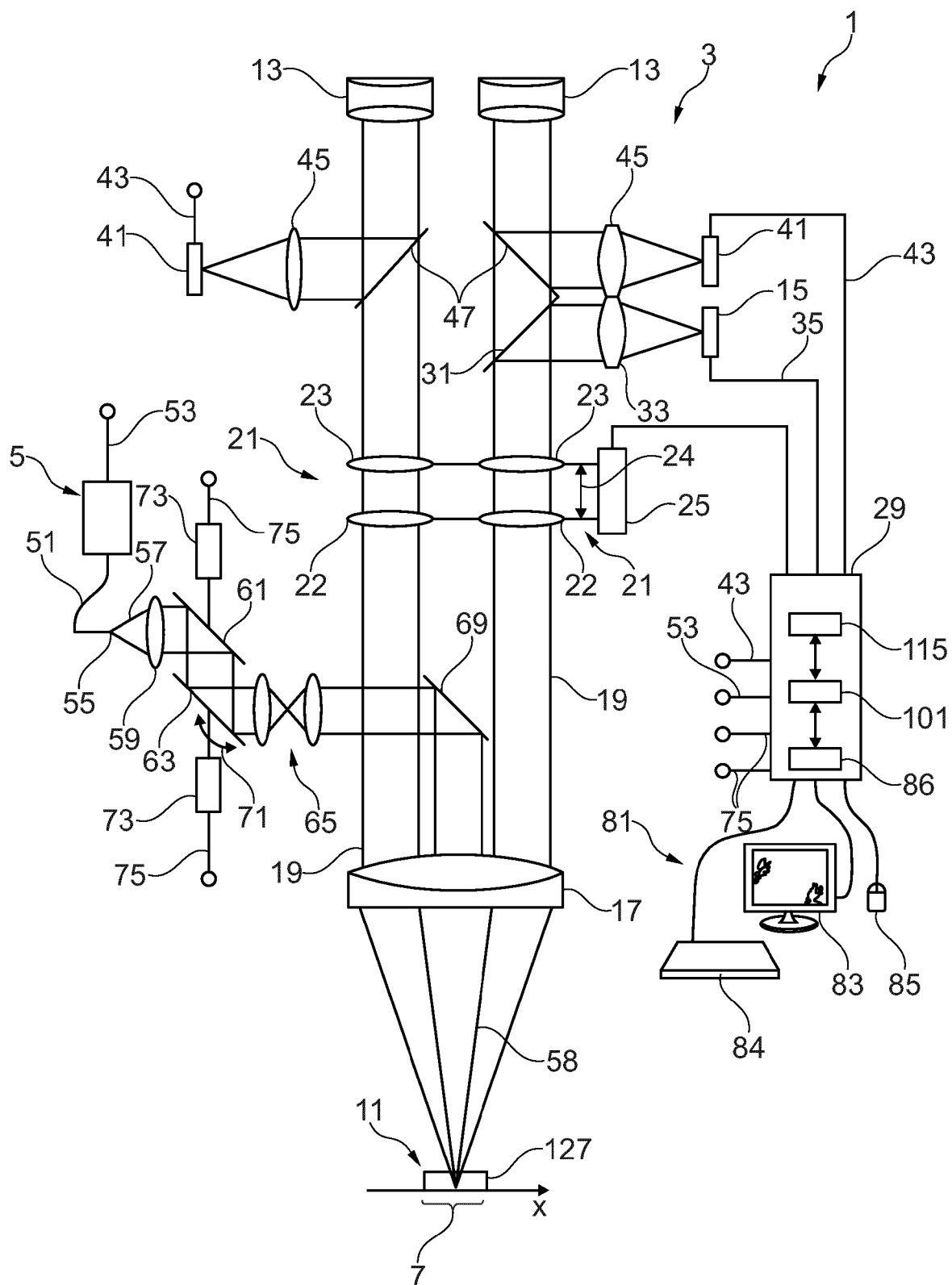


Fig. 1

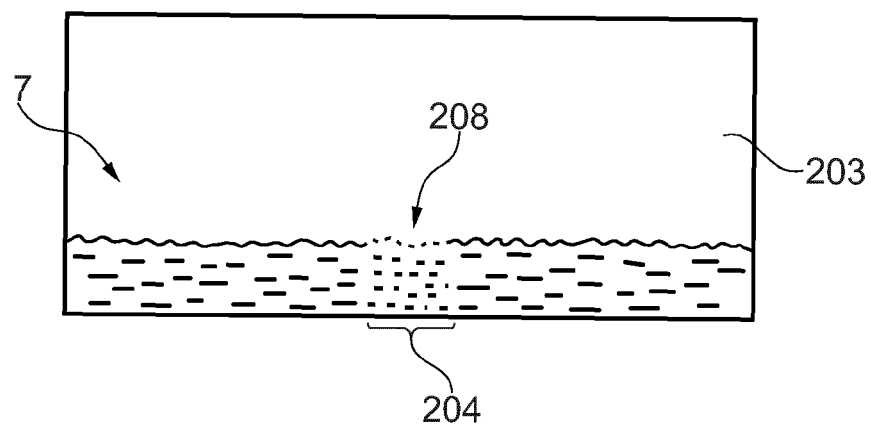
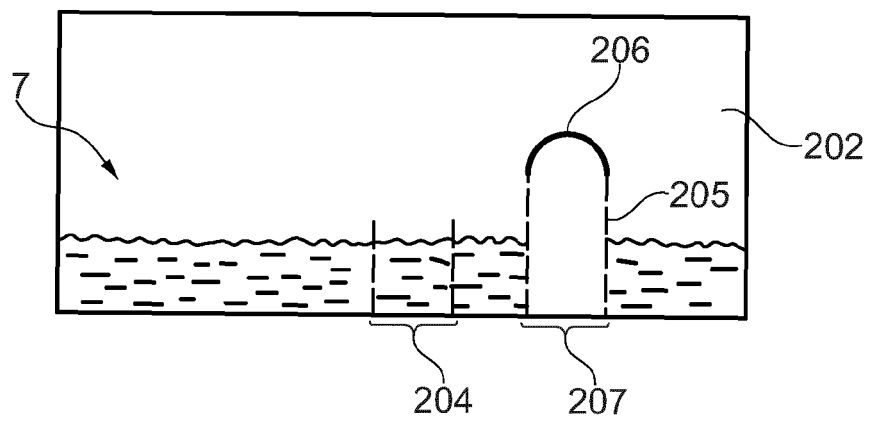
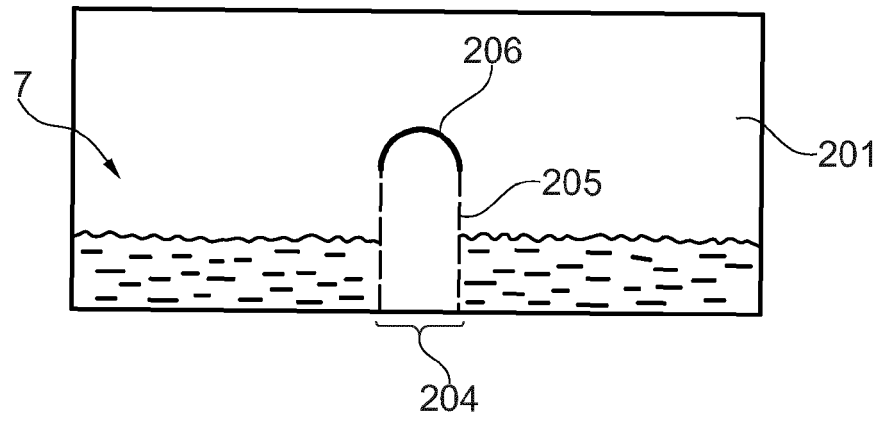


Fig. 2

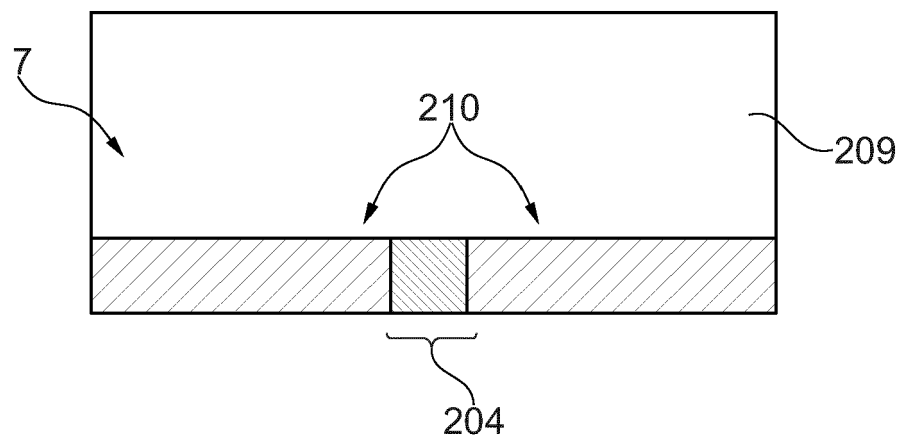


Fig. 3

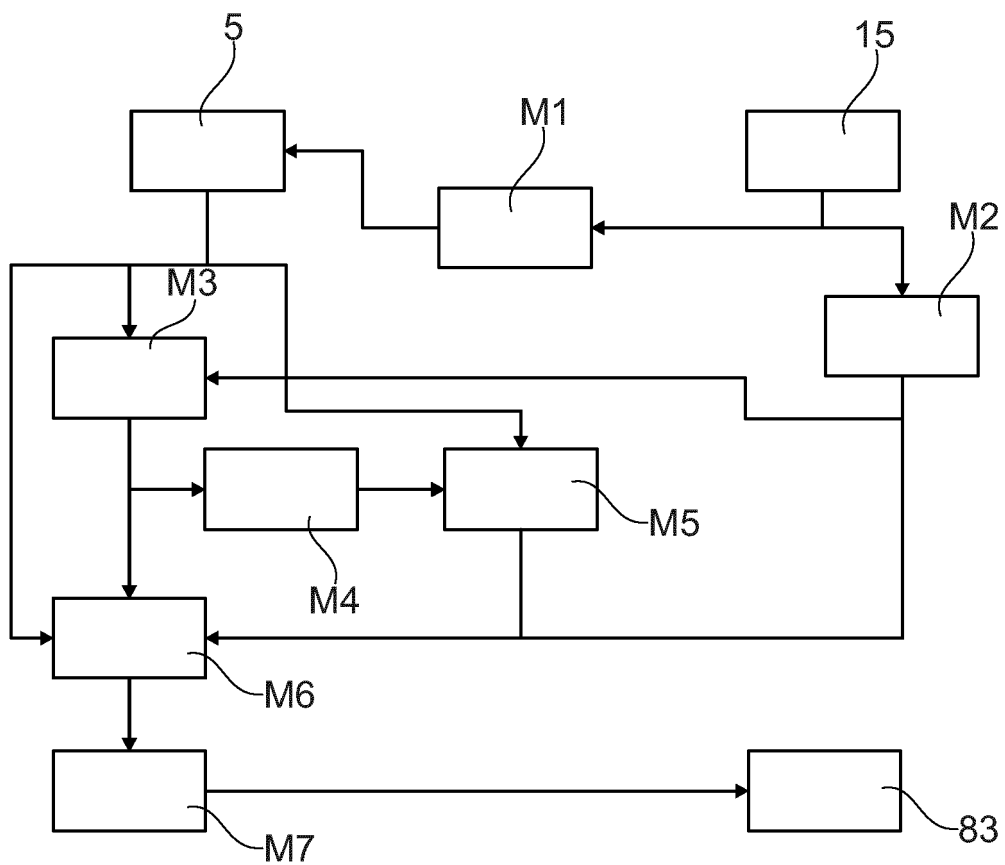


Fig. 4

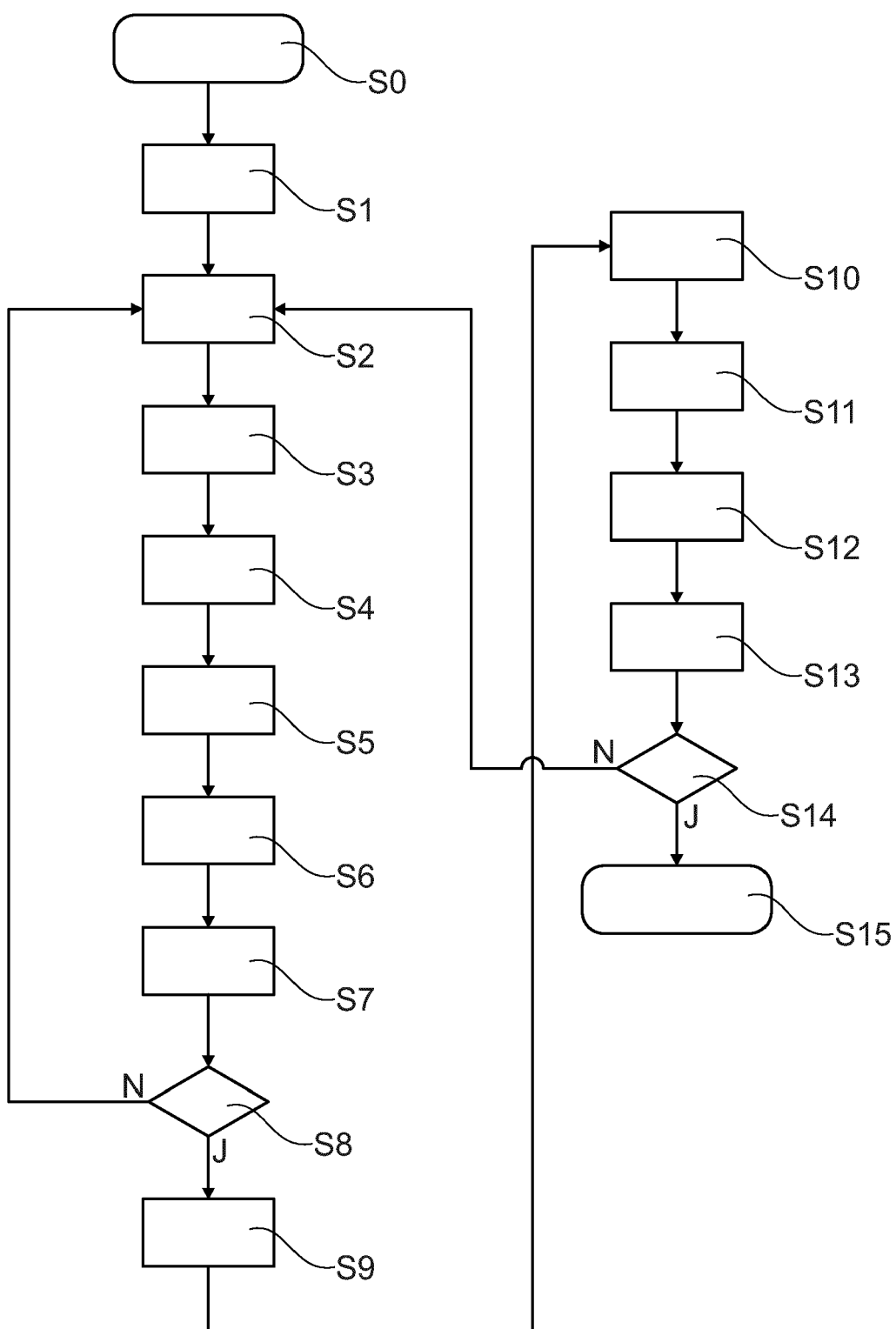


Fig. 5



EUROPÄISCHER RECHERCHENBERICHT

 Nummer der Anmeldung
EP 16 18 5203

5

10

15

20

25

30

35

40

45

EINSCHLÄGIGE DOKUMENTE			
Kategorie	Kennzeichnung des Dokuments mit Angabe, soweit erforderlich, der maßgeblichen Teile	Betrifft Anspruch	KLASSIFIKATION DER ANMELDUNG (IPC)
X	US 2014/100439 A1 (JONES JESSE [US] ET AL) 10. April 2014 (2014-04-10)	1,3,6-8, 10,11	INV. G01B9/02
Y	* Absatz [0006] - Absatz [0011];	12	A61B3/00
A	Abbildungen 14-15 *	2,4,5,9, 13	A61B3/10
	* Absatz [0031] - Absatz [0033] *		A61B3/12
	* Absatz [0056] - Absatz [0067]; Abbildung 16 *		A61B3/13
	* Absatz [0071] - Absatz [0072]; Abbildung 17 *		A61B3/14
	-----		A61B5/00
			A61B90/00
			A61B90/20
X	US 2012/200824 A1 (SATAKE NORIMASA [JP]) 9. August 2012 (2012-08-09)	1,3,6-8, 10,11	G02B21/36
Y	* Absatz [0025] - Absatz [0027]; Abbildung 2 *	12	G06T5/00
A	* Absatz [0056] - Absatz [0057]; Abbildung 5 *	2,4,5,9, 13	G06T5/50
	* Absatz [0059] - Absatz [0064]; Abbildungen 6, 8a-c *		G06T7/00
	* Absatz [0075] - Absatz [0078]; Abbildungen 9 a-c *		ADD. A61B34/20

Y,D	WO 2012/100030 A2 (UNIV DUKE [US]; IZATT JOSEPH A [US]; TOTH CYNTHIA A [US]; FARSIU SINA) 26. Juli 2012 (2012-07-26)	12	RECHERCHIERTE SACHGEBIETE (IPC)
	* Absatz [0036] - Absatz [0038]; Abbildungen 1-2 *		G01B
	* Absatz [0048]; Abbildung 3 *		A61B
	-----		G06T
A	US 2013/197357 A1 (GREEN CAROLINE [US] ET AL) 1. August 2013 (2013-08-01)	2,9	G02B
	* Absatz [0189] - Absatz [0193] *		G01N

A	US 2014/100440 A1 (CHELINE AJ [US] ET AL) 10. April 2014 (2014-04-10)	6,7,11	
	* Absatz [0124] - Absatz [0134]; Abbildungen 24-30,34 *		

	-/--		
Der vorliegende Recherchenbericht wurde für alle Patentansprüche erstellt			
Recherchenort München		Abschlußdatum der Recherche 30. November 2016	Prüfer Burkart, Johannes
KATEGORIE DER GENANNTEN DOKUMENTE X : von besonderer Bedeutung allein betrachtet Y : von besonderer Bedeutung in Verbindung mit einer anderen Veröffentlichung derselben Kategorie A : technologischer Hintergrund O : nichtschriftliche Offenbarung P : Zwischenliteratur		T : der Erfindung zugrunde liegende Theorien oder Grundsätze E : älteres Patentedokument, das jedoch erst am oder nach dem Anmeldedatum veröffentlicht worden ist D : in der Anmeldung angeführtes Dokument L : aus anderen Gründen angeführtes Dokument & : Mitglied der gleichen Patentfamilie, übereinstimmendes Dokument	

1

50

55

EPO FORM 1503 03.92 (P04C03)



EUROPÄISCHER RECHERCHENBERICHT

 Nummer der Anmeldung
EP 16 18 5203

5

10

15

20

25

30

35

40

45

50

55

EINSCHLÄGIGE DOKUMENTE			
Kategorie	Kennzeichnung des Dokuments mit Angabe, soweit erforderlich, der maßgeblichen Teile	Betrifft Anspruch	KLASSIFIKATION DER ANMELDUNG (IPC)
A	EP 2 189 110 A1 (UNIV TOKYO [JP]; TOPCON CORP [JP]) 26. Mai 2010 (2010-05-26) * Absatz [0001] * * Absatz [0012] - Absatz [0014] * * Absatz [0114] - Absatz [0171]; Abbildungen 7-12 * * Absatz [0207] - Absatz [0226]; Abbildung 15 *	1-13	
A	US 2012/063660 A1 (IMAMURA HIROSHI [JP] ET AL) 15. März 2012 (2012-03-15) * Zusammenfassung * * Absatz [0044] - Absatz [0091]; Abbildungen 1-7 * * Absatz [0092] - Absatz [0115]; Abbildungen 8,9 *	1-13	
A	YUANKAI K. TAO ET AL: "Microscope-integrated intraoperative OCT with electrically tunable focus and heads-up display for imaging of ophthalmic surgical maneuvers", BIOMEDICAL OPTICS EXPRESS, Bd. 5, Nr. 6, 20. Mai 2014 (2014-05-20), Seite 1877, XP055187802, ISSN: 2156-7085, DOI: 10.1364/B0E.5.001877 * das ganze Dokument *	2,9,12, 13	RECHERCHIERTE SACHGEBIETE (IPC)
Der vorliegende Recherchenbericht wurde für alle Patentansprüche erstellt			
Recherchenort München		Abschlußdatum der Recherche 30. November 2016	Prüfer Burkart, Johannes
KATEGORIE DER GENANNTEN DOKUMENTE X : von besonderer Bedeutung allein betrachtet Y : von besonderer Bedeutung in Verbindung mit einer anderen Veröffentlichung derselben Kategorie A : technologischer Hintergrund O : nichtschriftliche Offenbarung P : Zwischenliteratur		T : der Erfindung zugrunde liegende Theorien oder Grundsätze E : älteres Patentdokument, das jedoch erst am oder nach dem Anmeldedatum veröffentlicht worden ist D : in der Anmeldung angeführtes Dokument L : aus anderen Gründen angeführtes Dokument & : Mitglied der gleichen Patentfamilie, übereinstimmendes Dokument	

EPO FORM 1503 03.92 (P04C03)

**ANHANG ZUM EUROPÄISCHEN RECHERCHENBERICHT
 ÜBER DIE EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG NR.**

EP 16 18 5203

5 In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten europäischen Recherchenbericht angeführten Patentdokumente angegeben.
 Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am
 Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

30-11-2016

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
US 2014100439 A1	10-04-2014	KEINE	
US 2012200824 A1	09-08-2012	JP 5704946 B2	22-04-2015
		JP 2012161427 A	30-08-2012
		US 2012200824 A1	09-08-2012
WO 2012100030 A2	26-07-2012	US 2012184846 A1	19-07-2012
		US 2015342460 A1	03-12-2015
		WO 2012100030 A2	26-07-2012
US 2013197357 A1	01-08-2013	US 2013197357 A1	01-08-2013
		US 2014180074 A1	26-06-2014
		WO 2013116240 A1	08-08-2013
US 2014100440 A1	10-04-2014	KEINE	
EP 2189110 A1	26-05-2010	EP 2189110 A1	26-05-2010
		JP 4940069 B2	30-05-2012
		JP 2009061203 A	26-03-2009
		US 2010189334 A1	29-07-2010
		WO 2009034705 A1	19-03-2009
US 2012063660 A1	15-03-2012	CN 102458221 A	16-05-2012
		EP 2437648 A1	11-04-2012
		JP 4909378 B2	04-04-2012
		JP 2010279440 A	16-12-2010
		KR 20120024842 A	14-03-2012
		US 2012063660 A1	15-03-2012
		WO 2010140601 A1	09-12-2010

EPO FORM P0461

Für nähere Einzelheiten zu diesem Anhang : siehe Amtsblatt des Europäischen Patentamts, Nr.12/82

IN DER BESCHREIBUNG AUFGEFÜHRTE DOKUMENTE

Diese Liste der vom Anmelder aufgeführten Dokumente wurde ausschließlich zur Information des Lesers aufgenommen und ist nicht Bestandteil des europäischen Patentdokumentes. Sie wurde mit größter Sorgfalt zusammengestellt; das EPA übernimmt jedoch keinerlei Haftung für etwaige Fehler oder Auslassungen.

In der Beschreibung aufgeführte Patentdokumente

- WO 2012100030 A2 [0004]
- US 20140024949 A1 [0005] [0022]
- US 20130208129 A1 [0006] [0011]

专利名称(译)	用于校正oct图像的方法，图像处理装置和组合显微镜		
公开(公告)号	EP3121556A1	公开(公告)日	2017-01-25
申请号	EP2016185203	申请日	2015-09-25
[标]申请(专利权)人(译)	卡尔蔡司医疗技术股份公司		
申请(专利权)人(译)	卡尔蔡司AG		
当前申请(专利权)人(译)	卡尔蔡司AG		
[标]发明人	ESLAMI ABOUZAR FILIPPATOS KONSTANTINOS MAIER MATIC CORINNA KOCHWAGNER CHRISTINE SCHUHRKE THOMAS MECKES GUNTER DUCA STEFAN SCHIELE CAROLIN HARTWIG FALK		
发明人	ESLAMI, ABOUZAR FILIPPATOS, KONSTANTINOS MAIER-MATIC, CORINNA KOCHWAGNER, CHRISTINE SCHUHRKE, THOMAS MECKES, GÜNTER DUCA, STEFAN SCHIELE, CAROLIN HARTWIG, FALK		
IPC分类号	G01B9/02 A61B3/00 A61B3/10 A61B3/12 A61B3/13 A61B3/14 A61B5/00 A61B90/00 A61B90/20 G02B21/36 G06T5/00 G06T5/50 G06T7/00 A61B34/20		
CPC分类号	A61B3/0025 A61B3/102 A61B3/1225 A61B3/13 A61B3/14 A61B5/0035 A61B5/0066 A61B5/055 A61B5/7217 A61B90/20 A61B2034/2055 A61B2090/3735 G01B9/0203 G01B9/02087 G01B9/02089 G01B9/02091 G02B21/367 G06T5/005 G06T5/50 G06T2207/10101		
优先权	102014113901 2014-09-25 DE		
其他公开文献	EP3121556B1		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

一种用于使用光学相干断层成像通过成像光束路径改善诸如眼睛的视网膜的对象的OCT图像的方法。为了抑制由于在成像光束路径中移动的手术器械引起的阴影效应，产生OCT图像的时间序列。对于要校正的OCT图像，确定位于图像中并且被仪器阴影的对象的区域。在时间序列中搜索对象的区域没有阴影的另一较早的OCT图像。从早期的OCT图像读取对象的区域的图像信息。通过将读取图像信息插入要校正的OCT图像中产生校正的OCT图像，其中在待校正的OCT图像中，图像信息替换由仪器遮蔽的对象的区域。

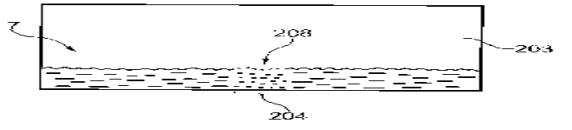
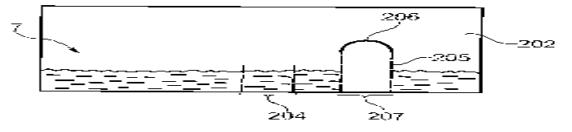
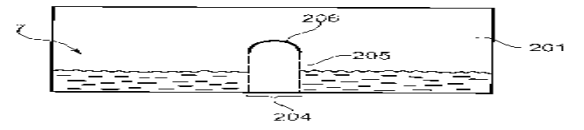


Fig. 2