



(12) **EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG**

(43) Veröffentlichungstag:
13.05.2020 Patentblatt 2020/20

(51) Int Cl.:
A61B 1/24 (2006.01) **A61B 5/00 (2006.01)**
G06T 17/00 (2006.01)

(21) Anmeldenummer: **18205618.4**

(22) Anmeldetag: **12.11.2018**

(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:
KH MA MD TN

(72) Erfinder:
 • **FOLLONIER, Stéphane**
7324 Vilters (CH)
 • **WACHTER, Wolfgang**
9494 Schaan (LI)

(74) Vertreter: **Baldus, Oliver et al**
Splanemann
Rumfordstrasse 7
80469 München (DE)

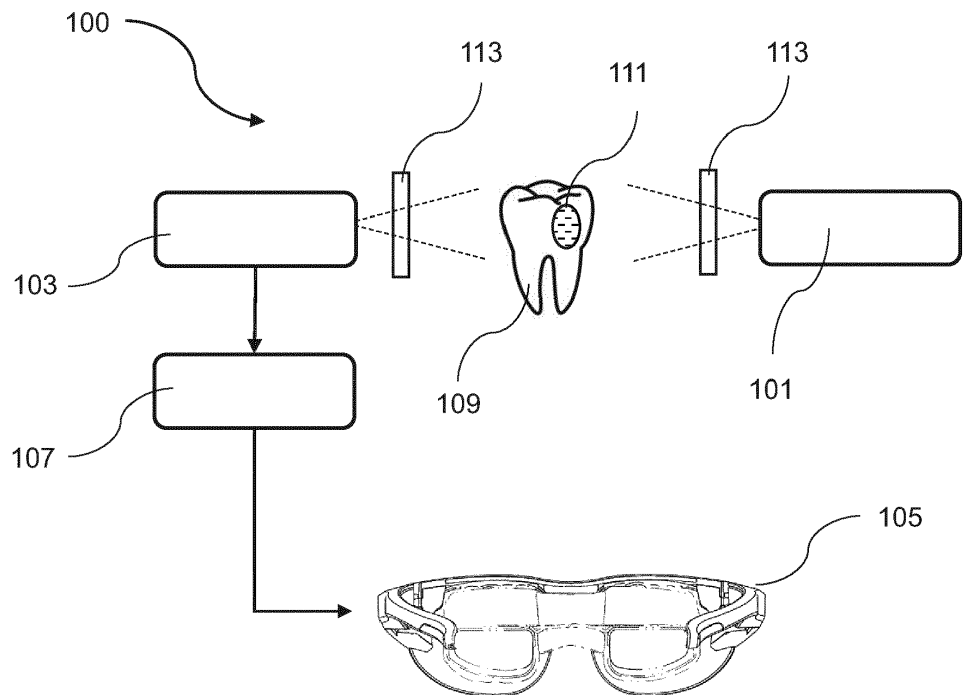
(71) Anmelder: **Ivoclar Vivadent AG**
9494 Schaan (LI)

(54) **DENTALES BILDAUFNAHMESYSTEM**

(57) Die vorliegende Erfindung betrifft ein dentales Bildaufnahmesystem (100), mit einer elektronischen Kamera (103) zum Erfassen eines digitalen Bildes eines

Lumineszenzbereiches (111); und einer Datenbrille (105) zum Anzeigen des erfassten Bildes über einem visuell wahrgenommenen Bild.

Fig. 1



Beschreibung

[0001] Die vorliegende Erfindung betrifft ein dentales Bildaufnahmesystem und ein Verfahren zur dentalen Bildaufnahme.

[0002] Das bildliche Erfassen einer Zahnsituation im Inneren einer Mundhöhle unter Lumineszenz kann schwierig sein, da sich Lumineszenzbereiche bei Tageslicht oftmals nur schwer erkennen lassen.

[0003] Es ist die technische Aufgabe der vorliegenden Erfindung, verbesserte Bilddaten für eine zahnmedizinische Diagnose bereitzustellen.

[0004] Diese Aufgabe wird durch Gegenstände nach den unabhängigen Ansprüchen gelöst. Vorteilhafte Ausführungsformen sind Gegenstand der abhängigen Ansprüche, der Beschreibung und der Figuren.

[0005] Gemäß einem ersten Aspekt wird diese Aufgabe durch ein dentales Bildaufnahmesystem gelöst, mit einer elektronischen Kamera zum Erfassen eines digitalen Bildes eines Lumineszenzbereiches; und einer Datenbrille zum Anzeigen des erfassten Bildes über einem visuell wahrgenommenen Bild. Das Bildaufnahmesystem kann eine Lichtquelle zum Anregen einer Lumineszenz im Inneren einer Mundhöhle umfassen. Die Anregung der Lumineszenz von Zahnschmelz kann mit oder ohne zusätzlichen Farbstoff durchgeführt werden. Durch das dentale Bildaufnahmesystem wird der technische Vorteil erreicht, dass der Lumineszenzbereich besser optisch wahrgenommen werden kann.

[0006] In einer technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems umfasst das dentale Bildaufnahmesystem eine Berechnungseinrichtung, die ausgebildet ist, einen Kontrast oder eine Intensität des erfassten Lumineszenzbereiches im digitalen Bild zu erhöhen. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass Lumineszenzbereiche noch deutlicher optisch wahrgenommen werden können. Durch die bildliche Überlagerung auf dem beleuchteten Zahn durch die Datenbrille lassen sich Lumineszenzbereiche in Echtzeit darstellen und bei einer medizinischen Untersuchung unmittelbar erkennen.

[0007] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems umfasst das dentale Bildaufnahmesystem eine Berechnungseinrichtung, die ausgebildet ist, eine Tiefeninformation in das digitale Bild zu integrieren, um die Basis des digitalen Bildes zu erhöhen. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass Lumineszenzbereiche noch deutlicher optisch wahrgenommen werden können oder dass eine Tiefe der kariösen Läsion angezeigt werden kann.

[0008] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems ist eine Lichtquelle zum Anregen einer Lumineszenz und/oder die elektronische Kamera in der Datenbrille oder in einer dentalen Behandlungsvorrichtung integriert. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass die Lichtquelle an geeigneten Positionen gehalten wer-

den kann.

[0009] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems ist die Lichtquelle ausgebildet, monochromatisches, nicht-monochromatisches, nicht-polarisiertes oder polarisiertes Licht auszusenden. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass geeignetes Licht zur Erfassung der Lumineszenz verwendet wird. Das Licht kann kontinuierlich ausgesendet oder gepulst ausgesendet werden.

[0010] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform der Lichtquelle ist das monochrome Filter, das Bandpassfilter oder das Polarisationsfilter bedarfsweise in den Strahlengang der elektronischen Kamera bewegbar. Das monochrome Filter, das Bandpassfilter oder das Polarisationsfilter können auch elektronisch gesteuert werden.

[0011] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems weist das Licht eine Wellenlänge im Bereich von 300 bis 480 nm auf. Das Licht kann jedoch auch eine Wellenlänge im Bereich von 330 bis 400 nm aufweisen. Das Licht kann beispielsweise eine Wellenlänge von 244 nm, 257 nm, 325 nm, 364 nm im Ultraviolettbereich, eine Wellenlänge von 457 nm, 473 nm, 488 nm, 514 nm, 532 nm, 633 nm, 660 nm im sichtbaren Bereich oder eine Wellenlänge von 785 nm, 830 nm, 980 nm, 1064 nm im Infrarotbereich aufweisen. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass sich die Lumineszenz von Zahnschmelz besonders gut anregen lässt.

[0012] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems umfasst die elektronische Kamera ein monochromes Filter, ein Bandpassfilter oder ein Polarisationsfilter. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass sich die Bildaufnahme der Kamera verbessern lässt.

[0013] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems ist das monochrome Filter, das Bandpassfilter oder das Polarisationsfilter bedarfsweise in den Strahlengang der elektronischen Kamera bewegbar. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass sich Bildaufnahmen mit und ohne diese Filter erzielen lassen, die anschließend miteinander verglichen werden können.

[0014] Das monochrome Filter, das Bandpassfilter oder das Polarisationsfilter können auch elektronisch gesteuert werden. Eine elektronische Steuerung dieser Filter kann beispielsweise durch Verwenden einer Spannung erzielt werden, durch die die optischen Eigenschaften dieser Filter gezielt eingestellt oder beeinflusst werden kann. Beispielsweise lässt sich hierdurch eine Wellenlänge, ein Wellenlängenbereich oder ein Polarisationswinkel der Filter gezielt steuern.

[0015] Diese elektronische Steuerung ermöglicht beispielsweise eine Selbstoptimierung des Kontrastes oder der Intensität zur Verbesserung des Informationsinhaltes des digitalen Bildes. Zu diesem Zweck kann eine elektronische Steuerungseinrichtung vorgesehen sein, die

diese Steuerung durchführt.

In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems umfasst das Bildaufnahmesystem eine Lichtquelle zum Anregen der Lumineszenz, die ausgebildet ist, kollimiertes Licht auszusenden. Dadurch wird beispielsweise der technische Vorteil erreicht, dass die Lichtstrahlen auf einen bestimmten Bereich gerichtet und konzentriert werden können.

[0016] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems liegt der Kollimationswinkel zwischen 0° - 2° oder 0° - 4° . Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass die Lichtstrahlen auf einen bestimmten Bereich gerichtet und konzentriert werden können. In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Bildaufnahmesystems umfasst das Bildaufnahmesystem eine Lichtquelle zum Anregen der Lumineszenz, die durch eine Leuchtdiode, eine Laserdiode oder einen Laser gebildet ist. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass besonders geeignete Lichtquellen verwendet werden.

[0017] Gemäß einem zweiten Aspekt wird diese Aufgabe durch ein Verfahren zur dentalen Bildaufnahme gelöst, mit den Schritten eines Erfassens eines digitalen Bildes eines Lumineszenzbereiches mittels einer elektronischen Kamera; und eines Anzeigens des erfassten Bildes über einem visuell wahrgenommenen Bild auf einer Datenbrille. Dadurch ergeben sich die gleichen technischen Vorteile wie durch das Bildaufnahmesystem nach dem ersten Aspekt.

[0018] In einer technisch vorteilhaften Ausführungsform des Verfahrens zur dentalen Bildaufnahme wird ein Kontrast oder eine Intensität des erfassten Lumineszenzbereiches im digitalen Bild erhöht. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass Lumineszenzbereiche noch deutlicher optisch wahrgenommen werden können.

[0019] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Verfahrens wird eine Tiefeninformation in das digitale Bild integriert, um die Basis des digitalen Bildes zu erhöhen. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass Lumineszenzbereiche noch deutlicher optisch wahrgenommen werden können.

[0020] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Verfahrens zur dentalen Bildaufnahme sendet die Lichtquelle monochromatisches, nicht-monochromatisches, nicht-polarisiertes oder polarisiertes Licht aus. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass geeignetes Licht zur Erfassung der Lumineszenz verwendet wird.

[0021] In einer weiteren technisch vorteilhaften Ausführungsform des Verfahrens zur dentalen Bildaufnahme sendet die Lichtquelle kollimiertes Licht aus. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass die Lichtstrahlen auf einen bestimmten Bereich gerichtet und konzentriert werden können.

[0022] In einer weiteren technisch vorteilhaften Aus-

führungsform des Verfahrens werden eine ausgesandte Wellenlänge, ein elektronisches Filter und/oder die elektronische Kamera derart gesteuert, dass eine automatische Erhöhung oder Optimierung des Kontrastes digitalen Bildes oder eine Erhöhung der Empfindlichkeit der Kamera erfolgt. Auf diesem Wege kann beispielsweise eine Selbstoptimierung des Kontrastes oder der Intensität des Lumineszenzbereiches erfolgen. Dadurch wird beispielsweise ebenfalls der technische Vorteil erreicht, dass Lumineszenzbereiche schnelle und deutlicher wahrgenommen werden können. Diese Selbstoptimierung kann von geeigneten Algorithmen vorgenommen werden, die die ausgesandte Wellenlänge, das elektronische Filter und/oder die elektronische Kamera auf Basis des erfassten Bildes steuern. Ausführungsbeispiele der Erfindung sind in den Zeichnungen dargestellt und werden im Folgenden näher beschrieben.

[0023] Es zeigen:

Fig. 1 eine schematische Ansicht eines dentalen Bildaufnahmesystems; und

Fig. 2 ein Blockdiagramm eines Verfahrens zur dentalen Bildaufnahme.

[0024] Fig. 1 zeigt eine schematische Ansicht eines dentalen Bildaufnahmesystems 100. Das Bildaufnahmesystem 100 dient zum Erhalten von Bildaufnahmen aus der Mundhöhle eines Patienten. Das Bildaufnahmesystem 100 umfasst optional eine Lichtquelle 101 zum Anregen einer Lumineszenz im Inneren der Mundhöhle, eine elektronische Kamera 103 zum Erfassen eines digitalen Bildes eines Lumineszenzbereiches 111; und einer Datenbrille 105 zum Anzeigen des erfassten Bildes über einem visuell wahrgenommenen Bild. Durch eine digitale Verarbeitungseinrichtung kann der Lumineszenzbereich 111 in dem erfassten Bild optisch hervorgehoben oder verstärkt werden, so dass dieser besser erkannt wird.

[0025] Die Lumineszenz umfasst eine Fluoreszenz, eine Phosphoreszenz und ein Raman. Die Fluoreszenz ist die spontane Emission von Licht kurz nach der Anregung eines Materials durch elektronische Übergänge. Dabei ist das emittierte Licht in der Regel energieärmer als das vorher durch die Lichtquelle 101 absorbierte. Die Phosphoreszenz beschreibt ein längeres Nachleuchten nach der optischen Anregung. Die Raman ist die unelastische Streuung von Licht an Molekülen bezeichnet.

[0026] Durch die Fluoreszenz, Phosphoreszenz oder Raman lässt sich eine Porosität, eine Rauigkeit oder Glanzwerte von Zahnschubstanz sichtbar machen. Dadurch kann festgestellt werden, ob ein Zahn 109 kariös ist oder nicht oder in welchem anderen Zustand sich der Zahn befindet.

[0027] Die Lichtquelle 101 ist beispielsweise durch eine Leuchtdiode, eine Laserdiode oder einen Laser gebildet. Die Lichtquelle 101 kann Licht im Wellenlängenbereich von 300 nm bis 480 nm oder 330 nm bis 400 nm aussenden. Der Lichtstrahl der Lichtquelle kann kollo-

miert sein, d.h. im Wesentlichen parallel ausgerichtet sein, so dass sich das Licht auf einen bestimmten Bereich im Inneren der Mundhöhle konzentrieren lässt. Dies kann beispielsweise auf einfache Weise durch eine Kollimator- oder Sammellinse vor der Lichtquelle oder einen Laser als Lichtquelle 101 erreicht werden.

[0028] Die Lichtquelle 101 kann als separates Gerät ausgebildet sein, das nur zum Zweck der Beleuchtung vorgesehen ist oder kann in einem anderen zahnmedizinischen Behandlungswerkzeug integriert sein, wie beispielsweise einem Scanner, einer Sonde oder einem Spiegel. Die Lichtquelle 101 kann monochromatisches, nicht-monochromatisches, nicht-polarisiertes oder polarisiertes Licht aussenden. Im Allgemeinen kann die Lichtquelle 101 jede Form von Licht aussenden, die eine Lumineszenz anregt.

[0029] Der Lumineszenzbereich 111 (ROI - Region of Interest) wird durch eine elektronische Kamera 103 mit einem CMOS-Chip aufgenommen, die ein digitales Bild der Lumineszenz erfasst und entsprechende Bilddaten erzeugt. Das digitale Bild und die Bilddaten können informationstechnisch aufbereitet werden, so dass der beabsichtigte Lumineszenzeffekt zusätzlich hervorgehoben wird. Die Aufbereitung des digitalen Bildes kann durch eine Bildanalyse durchgeführt werden, die eine durch maschinelles Lernen (Machine Learning) erarbeitete Unterscheidung von visuell kaum unterscheidbaren Lumineszenzzonen innerhalb des Lumineszenzbereiches 111 zulässt.

[0030] Zudem kann ein monochromes Filter 113, ein Bandpassfilter 113 oder ein Polarisationsfilter 113 in den Strahlengang der Kamera 103 bewegbar oder einklappbar sein, beispielsweise vor der Kamera 103 und/oder vor der Lichtquelle 101. Ein monochromes Filter lässt lediglich Licht einer bestimmten Wellenlänge passieren. Ein Bandpassfilter ist ein Filter, das nur Licht eines bestimmten Frequenzbereiches passieren lässt. Ein Polarisationsfilter lässt nur Licht einer bestimmten Polarisationsrichtung passieren.

[0031] Auf diese Weise lassen sich Bildaufnahmen mit und ohne diese Filter 113 erzielen, die anschließend miteinander verglichen werden können. Die erhaltenen Bilder können Gegenstand einer Differenzanalyse sein.

[0032] Die elektronische Kamera 103 kann beispielsweise Wellenlängen im kurzwelligen Lichtbereich unter 400 nm erfassen oder im längerwelligen Bereich über 700 nm, die vom Auge nicht mehr wahrgenommen werden können. Dadurch lassen sich auch nicht sichtbare Fluoreszenz-, Phosphoreszenz- oder Ramaneffekte erfassen.

[0033] Eine Berechnungseinrichtung 107 des dentalen Bildaufnahmesystems 100 kann die Aufbereitung der Bilddaten durchführen und den Kontrast oder die Intensität des erfassten Lumineszenzbereiches im digitalen Bild zu erhöhen. Hierzu können Lumineszenzbereiche 111 im digitalen Bild identifiziert werden und mittels Grafikalgorithmen bearbeitet werden. So ist es möglich, schwache Fluoreszenzeffekte, Phosphoreszenzeffekte

oder Ramaneffekte zu verstärken oder mit anderen Farbewerten zu versehen, die besser wahrnehmbar sind. Eine Identifikation des Lumineszenzbereiches 111 kann über die Erfassung von charakteristischen Wellenlängen/Farben der Lumineszenz im aufgenommenen Bild erfolgen.

[0034] Die Berechnungseinrichtung 107 ist beispielsweise durch ein Softwaremodul gebildet, das durch einen Prozessor ausgeführt wird. Die ursprünglichen und aufbereiteten Bilddaten lassen sich in einem digitalen Speicher ablegen.

[0035] Zudem kann die Berechnungseinrichtung 107 eine Tiefeninformation in das digitale Bild integrieren, um die Basis des digitalen Bildes zu erhöhen. Die Tiefeninformation kann durch Grauwerte wiedergegeben werden und eine räumliche oder dreidimensionale Situation des Zahnes wiedergeben. Die Tiefeninformation kann beispielsweise ein Bild sein, das durch optische Kohärenztomografie (OCT - Optical Coherence Tomography) oder ein Röntgenverfahren gewonnen wird. Diese Tiefeninformation kann zusätzlich auf die Datenbrille 105 projiziert werden. Die erfassten Lumineszenzbereiche können auf der Tiefeninformation superponiert werden. Dadurch werden zusätzliche Information geliefert, die zu einer besseren Diagnose führen.

[0036] Anschließend kann das Bild oder die Bilddaten dem Benutzer auf einer Datenbrille 105 dargestellt werden, so dass Lumineszenzbereiche 111 besser wahrgenommen werden können. Die Datenbrille 105 erhält die Bilddaten des aufgenommenen Bildes und ist ein als Brille getragenes elektronisches Gerät, mit dem einem Benutzer zusätzlich zur natürlichen visuellen Wahrnehmung des Zahnbereichs Fluoreszenzeffekte, Phosphoreszenzeffekte oder Ramaneffekte optisch angezeigt werden können.

[0037] Die Datenbrille 105 kann durch die Anzeigeeinrichtung zusätzliche Informationen auf einem Bild überlagern, das von dem Auge des Trägers wahrgenommen wird. Zur bildlichen Überlagerung auf dem visuell wahrgenommenen Bild können spezielle Softwarealgorithmen verwendet werden. Die Anzeigeeinrichtung der Datenbrille 105 umfasst beispielsweise einen augennahen Bildschirm oder einen Projektor zur direkten Projektion auf der Netzhaut. In entsprechende Weise kann dies auch auf einem tragbaren Gerät erfolgen.

[0038] Zudem kann eine Zoom-Funktion in das Bildaufnahmesystem 100 integriert sein, um das erfasste Bild über dem visuell wahrgenommenen Bild vergrößern zu können und so Lumineszenzbereiche 111 besser sichtbar zu machen. Eine Steuerung des Bildaufnahmesystems 100 kann durch die Datenbrille 105 mittels Stimme oder Bewegung erfolgen, so dass eine Selbstoptimierung der Intensität oder des Kontrastes des erfassten Bildes vorgenommen werden kann.

[0039] Fig. 2 zeigt ein Blockdiagramm eines Verfahrens zur dentalen Bildaufnahme. Das Verfahren umfasst den Schritt S101 eines Anregens der Lumineszenz im Inneren einer Mundhöhle mittels der Lichtquelle 101, den

Schritt S102 eines Erfassens des digitalen Bildes der Lumineszenz mittels einer elektronischen Kamera 103; und den Schritt S103 eines Anzeigens des erfassten Bildes über einem visuell wahrgenommenen Bild auf einer Datenbrille 105. Dadurch können Lumineszenzeffekte beim Betrachten des Lumineszenzbereiches 111 deutlich sichtbar gemacht werden.

[0040] Alle in Verbindung mit einzelnen Ausführungsformen der Erfindung erläuterten und gezeigten Merkmale können in unterschiedlicher Kombination in dem erfindungsgemäßen Gegenstand vorgesehen sein, um gleichzeitig deren vorteilhafte Wirkungen zu realisieren.

[0041] Alle Verfahrensschritte können durch Vorrichtungen implementiert werden, die zum Ausführen des jeweiligen Verfahrensschrittes geeignet sind. Alle Funktionen, die von gegenständlichen Merkmalen ausgeführt werden, können ein Verfahrensschritt eines Verfahrens sein.

[0042] Der Schutzbereich der vorliegenden Erfindung ist durch die Ansprüche gegeben und wird durch die in der Beschreibung erläuterten oder den Figuren gezeigten Merkmale nicht beschränkt.

BEZUGSZEICHENLISTE

[0043]

100	Dentales Bildaufnahmesystem
101	Lichtquelle
103	elektronische Kamera
105	Datenbrille
107	Berechnungseinrichtung
109	Zahn
111	Lumineszenzbereich
113	monochromes Filter/Bandpassfilter/Polarisationsfilter

Patentansprüche

1. Dentales Bildaufnahmesystem (100), mit:

einer elektronischen Kamera (103) zum Erfassen eines digitalen Bildes eines Lumineszenzbereiches (111); und
einer Datenbrille (105) zum Anzeigen des erfassten Bildes über einem visuell wahrgenommenen Bild.

2. Bildaufnahmesystem (100) nach Anspruch 1, wobei das dentale Bildaufnahmesystem (100) eine Berechnungseinrichtung (107) umfasst, die ausgebildet ist, einen Kontrast oder eine Intensität des erfassten Lumineszenzbereiches (111) im digitalen Bild zu erhöhen.

3. Bildaufnahmesystem (100) nach einem der vorangehenden Ansprüche, wobei das dentale Bildauf-

nahmesystem (100) eine Berechnungseinrichtung (107) umfasst, die ausgebildet ist, eine Tiefeninformation in das digitale Bild zu integrieren, um die Basis des digitalen Bildes zu erhöhen.

4. Bildaufnahmesystem (100) nach einem der vorangehenden Ansprüche, wobei eine Lichtquelle (101) zum Anregen einer Lumineszenz und/oder die elektronische Kamera (103) in der Datenbrille (105) oder in einer dentalen Behandlungsvorrichtung (109) integriert ist.

5. Bildaufnahmesystem (100) nach einem der vorangehenden Ansprüche, wobei die Lichtquelle (101) ausgebildet ist, monochromatisches, nicht-monochromatisches, nicht-polarisiertes oder polarisiertes Licht auszusenden.

6. Bildaufnahmesystem (100) nach Anspruch 5, wobei das Licht eine Wellenlänge im Bereich von 300 bis 480 nm aufweist.

7. Bildaufnahmesystem (100) nach einem der vorangehenden Ansprüche, wobei die elektronische Kamera (103) und/oder die Lichtquelle (101) ein monochromes Filter (113), ein Bandpassfilter (113) oder ein Polarisationsfilter (113) umfasst.

8. Bildaufnahmesystem (100) nach Anspruch 7, wobei das monochrome Filter (113), das Bandpassfilter (113) oder das Polarisationsfilter (113) bedarfsweise in den Strahlengang der elektronischen Kamera (103) oder der Lichtquelle (101) bewegbar oder steuerbar ist.

9. Bildaufnahmesystem (100) nach einem der vorangehenden Ansprüche, wobei das Bildaufnahmesystem (100) eine Lichtquelle (101) zum Anregen der Lumineszenz umfasst, die ausgebildet ist, kollimiertes Licht auszusenden.

10. Bildaufnahmesystem (100) nach Anspruch 9, wobei der Kollimationswinkel zwischen 0°-2° oder 0°-4° liegt.

11. Bildaufnahmesystem (100) nach einem der vorangehenden Ansprüche, wobei das Bildaufnahmesystem (100) eine Lichtquelle (101) zum Anregen der Lumineszenz umfasst, die durch eine Leuchtdiode, eine Laserdiode oder einen Laser gebildet ist.

12. Verfahren zur dentalen Bildaufnahme (100), mit den Schritten:

Erfassen (S102) eines digitalen Bildes eines Lumineszenzbereiches (111) mittels einer elektronischen Kamera (103); und
Anzeigen (S103) des erfassten Bildes über ei-

nem visuell wahrgenommenen Bild auf einer Datenbrille (105).

13. Verfahren nach Anspruch 12, wobei ein Kontrast oder eine Intensität des erfassten Lumineszenzreiches (111) im digitalen Bild erhöht wird. 5
14. Verfahren nach einem der Ansprüche 12 oder 13, wobei eine Tiefeninformation in das digitale Bild integriert wird, um die Basis des digitalen Bildes zu erhöhen. 10
15. Verfahren nach einem der Ansprüche 12 bis 14, wobei eine ausgesandte Wellenlänge, ein elektronisches Filter (113) und/oder die elektronische Kamera (103) derart gesteuert werden, dass eine automatische Erhöhung des Kontrastes des digitalen Bildes oder eine Erhöhung der Empfindlichkeit der Kamera (103) erfolgt. 15

20

25

30

35

40

45

50

55

Fig. 1

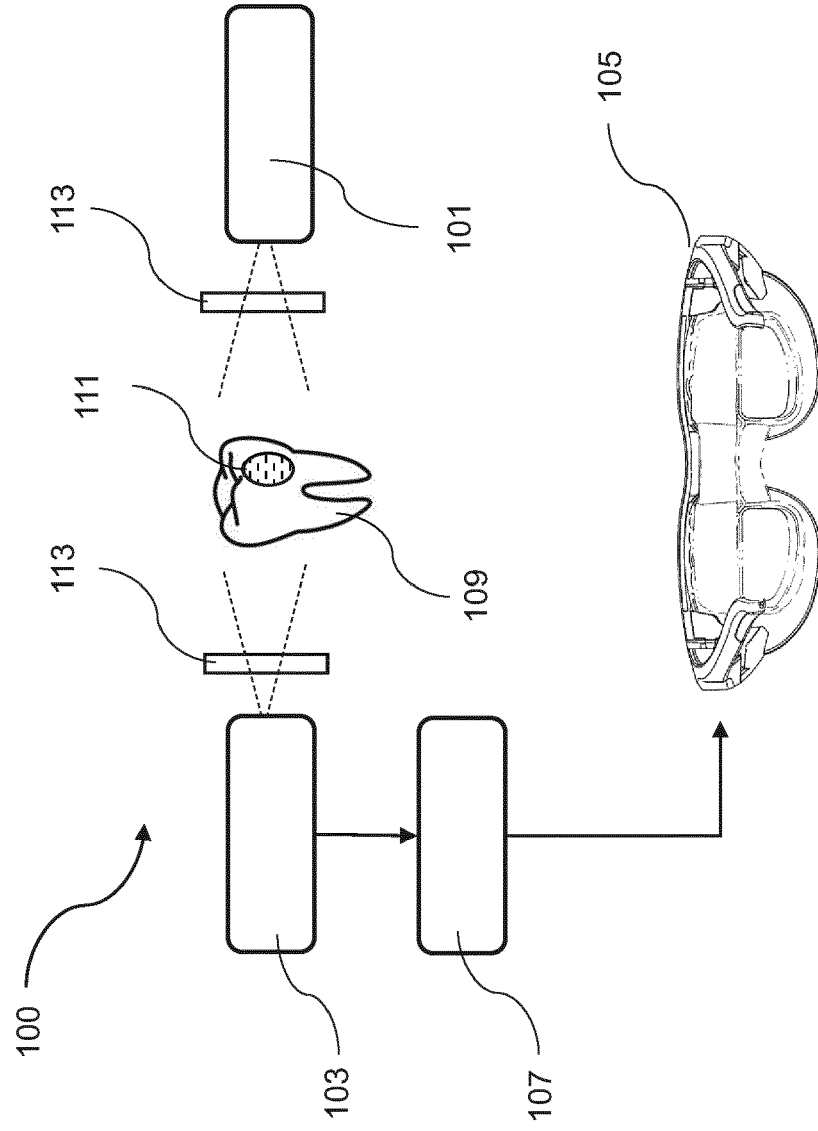
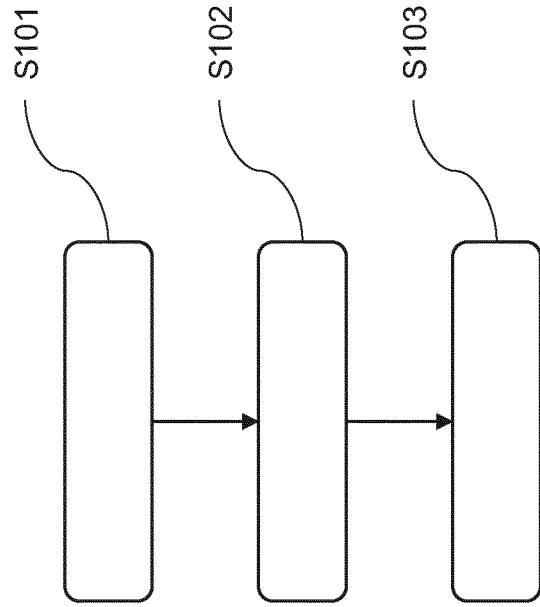


Fig. 2





EUROPÄISCHER RECHERCHENBERICHT

Nummer der Anmeldung
EP 18 20 5618

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)
X	US 2016/220105 A1 (DURET FRANCOIS [FR]) 4. August 2016 (2016-08-04)	1-6, 11-15	INV. A61B1/24 A61B5/00 G06T17/00
Y	* Absätze [0047], [0048], [0191], [0302]; Abbildungen 1,2 *	8-10	
X	US 2018/168781 A1 (KOPELMAN AVI [US] ET AL) 21. Juni 2018 (2018-06-21)	1-8, 12-15	
Y	* Absätze [0061], [0093], [0128], [0191]; Abbildungen 1A, 12A *	9,10	
Y	WO 2018/030969 A1 (KARACOR ADEM CAN [TR]) 15. Februar 2018 (2018-02-15)	8	
Y	US 2013/236850 A1 (WU QINGYANG [CN] ET AL) 12. September 2013 (2013-09-12)	9,10	
			RECHERCHIERTE SACHGEBIETE (IPC)
			A61B G06T
Der vorliegende Recherchenbericht wurde für alle Patentansprüche erstellt			
Recherchenort München		Abschlussdatum der Recherche 16. Mai 2019	Prüfer Fischer, Martin
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 03.82 (P04C03)

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

EP 18 20 5618

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.

16-05-2019

10	Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument		Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie		Datum der Veröffentlichung	
15	US 2016220105	A1	04-08-2016	CN	107529968 A	02-01-2018	
				EP	3253279 A1	13-12-2017	
				FR	3032282 A1	05-08-2016	
				US	2016220105 A1	04-08-2016	
				WO	2016124847 A1	11-08-2016	
20	US 2018168781	A1	21-06-2018	US	2018168780 A1	21-06-2018	
				US	2018168781 A1	21-06-2018	
				WO	2018112273 A2	21-06-2018	
25	WO 2018030969	A1	15-02-2018	KEINE			
30	US 2013236850	A1	12-09-2013	CN	102008282 A	13-04-2011	
35					US	2013236850 A1	12-09-2013
40					WO	2012055347 A1	03-05-2012
45				-----			
50				-----			
55				-----			

EPO FORM P0461

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

专利名称(译)	牙科成像系统		
公开(公告)号	EP3649919A1	公开(公告)日	2020-05-13
申请号	EP2018205618	申请日	2018-11-12
[标]申请(专利权)人(译)	义获嘉伟瓦登特公司		
申请(专利权)人(译)	义获嘉伟瓦登特公司		
当前申请(专利权)人(译)	义获嘉伟瓦登特公司		
[标]发明人	FOLLONIER STEPHANE WACHTER WOLFGANG		
发明人	FOLLONIER, STÉPHANE WACHTER, WOLFGANG		
IPC分类号	A61B1/24 A61B5/00 G06T17/00		
CPC分类号	A61B1/24 A61B5/0066 A61B5/0071 A61B5/0075 A61B5/0088 A61B5/4547		
代理机构(译)	BALDUS , OLIVER		
审查员(译)	FISCHER , MARTIN		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

本发明涉及一种牙齿图像采集系统 (100) , 包括 : 用于捕获发光区域 (111) 的数字图像的电子照相机 (103) ; 增强现实眼镜 (105) , 用于显示叠加在视觉感知图像上的捕获图像。

Fig. 1

