

(19) 日本国特許庁 (JP)

(12) 特 許 公 報 (B2)

(11) 特許番号

特許第4891990号
(P4891990)

(45) 発行日 平成24年3月7日 (2012.3.7)

(24) 登録日 平成23年12月22日 (2011.12.22)

(51) Int. Cl.

F I

A 6 1 B 1/04 (2006.01)
A 6 1 B 1/06 (2006.01)
G 0 2 B 23/24 (2006.01)
H 0 4 N 7/18 (2006.01)
A 6 1 B 1/00 (2006.01)

A 6 1 B 1/04 3 7 0
A 6 1 B 1/06 A
G 0 2 B 23/24 B
H 0 4 N 7/18 M
A 6 1 B 1/00 3 0 0 D

請求項の数 12 (全 22 頁)

(21) 出願番号 特願2008-509731 (P2008-509731)
(86) (22) 出願日 平成19年3月23日 (2007.3.23)
(86) 国際出願番号 PCT/JP2007/056088
(87) 国際公開番号 W02007/116663
(87) 国際公開日 平成19年10月18日 (2007.10.18)
審査請求日 平成20年8月13日 (2008.8.13)
(31) 優先権主張番号 特願2006-110187 (P2006-110187)
(32) 優先日 平成18年4月12日 (2006.4.12)
(33) 優先権主張国 日本国 (JP)

(73) 特許権者 304050923
オリンパスメディカルシステムズ株式会社
東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号
(74) 代理人 100076233
弁理士 伊藤 進
(72) 発明者 五十嵐 誠
東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オ
リンパスメディカルシステムズ株式会社内
(72) 発明者 山▲崎▼ 健二
東京都渋谷区幡ヶ谷2丁目43番2号 オ
リンパスメディカルシステムズ株式会社内

審査官 井上 香緒梨

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 内視鏡装置

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項 1】

青色領域の波長帯域を有する第1の狭帯域光と、緑色領域の波長帯域を有する第2の狭帯域光とを生体内の被写体に対して出射可能な照明手段と、

前記生体内の被写体が前記第1の狭帯域光により照明された場合に第1の被写体像を撮像し、前記生体内の被写体が前記第2の狭帯域光により照明された場合に第2の被写体像を撮像して撮像信号を出力する撮像手段と、

前記撮像信号に応じた前記被写体の観察画像を表示手段に表示させるための映像信号を生成して出力する画像処理手段と、を備え、

前記画像処理手段は、前記撮像信号に基づき、前記第1の被写体像を映像信号の緑成分及び青成分に割り当て、前記第2の被写体像を映像信号の赤成分及び青成分に割り当て、さらに、当該割り当てた2つの青成分を足し合わせることで、前記生体内に存在する残渣、胆汁または腸液のうちの少なくとも1つの対象物の像が前記表示手段に表示される際の赤成分の輝度値に対して青成分の輝度値を近づけるように色調変換された映像信号を生成する色調変換手段を有する

ことを特徴とする内視鏡装置。

【請求項 2】

前記色調変換手段は、前記生体内に存在する残渣、胆汁または腸液のうちの少なくとも1つの対象物の像がマゼンタ色で前記表示手段に表示されるように色調変換された映像信号を生成することを特徴とする請求項1に記載の内視鏡装置。

【請求項 3】

前記色調変換手段は、映像信号の赤成分として割り当てた前記第 2 の被写体像と、映像信号の緑成分として割り当てた前記第 1 の被写体像と、映像信号の青成分として割り当てた前記第 1 の被写体像及び前記第 2 の被写体像とに基づき、ハレーションが発生した局所部位の像が所定の色で前記表示手段に表示されるように色調変換された映像信号を生成することを特徴とする請求項 1 に記載の内視鏡装置。

【請求項 4】

前記色調変換手段は、前記局所部位の像が白色になるように色調変換された映像信号を生成することを特徴とする請求項 3 に記載の内視鏡装置。

【請求項 5】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して順次出射することを特徴とする請求項 1 に記載の内視鏡装置。

【請求項 6】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して順次出射することを特徴とする請求項 2 に記載の内視鏡装置。

【請求項 7】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して順次出射することを特徴とする請求項 3 に記載の内視鏡装置。

【請求項 8】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して順次出射することを特徴とする請求項 4 に記載の内視鏡装置。

【請求項 9】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して同時に射出することを特徴とする請求項 1 に記載の内視鏡装置。

【請求項 10】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して同時に射出することを特徴とする請求項 2 に記載の内視鏡装置。

【請求項 11】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して同時に射出することを特徴とする請求項 3 に記載の内視鏡装置。

【請求項 12】

前記照明手段は、前記第 1 の狭帯域光及び前記第 2 の狭帯域光を前記被写体に対して同時に射出することを特徴とする請求項 4 に記載の内視鏡装置。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

本発明は、内視鏡装置に関し、特に、狭帯域光による生体内の観察が可能な内視鏡装置に関するものである。

【背景技術】

【0002】

内視鏡及び光源装置等を有する内視鏡装置は、従来より、医療分野等において広く用いられている。特に、医療分野における内視鏡装置は、術者等が生体内の観察等を行うという用途において主に用いられている。

【0003】

また、医療分野における内視鏡装置を用いた観察として一般的に知られているものとしては、例えば、白色光を生体内の被写体に照射し、肉眼による観察と略同様の該被写体の像の画像を得ることが可能な通常観察の他に、通常観察における照明光よりも狭い帯域を有する光である狭帯域光を該被写体に照射して観察を行うことにより、通常観察に比べ、生体における粘膜表層の血管等が強調された像の画像を得ることが可能な狭帯域光観察 (NBI: Narrow Band Imaging) がある。

10

20

30

40

50

【 0 0 0 4 】

日本国特開 2 0 0 2 - 0 9 5 6 3 5 号公報に提案されている内視鏡装置は、狭帯域な照明光を出力するための、離散的な分光特性を有するフィルタが設けられた光源装置と、該照明光により照明された被写体の像を撮像するための内視鏡とを有して構成されている。そして、日本国特開 2 0 0 2 - 0 9 5 6 3 5 号公報に提案されている内視鏡システムは、前述した構成を有することにより、前記被写体に対する狭帯域光観察を行うことができる。

【 0 0 0 5 】

日本国特開 2 0 0 2 - 0 9 5 6 3 5 号公報に提案されている内視鏡装置は、生体における粘膜表層の血管等が強調された像の画像を得るために、狭帯域光観察に応じた所定の画像処理を行っている。そのため、日本国特開 2 0 0 2 - 0 9 5 6 3 5 号公報に提案されている内視鏡装置においては、前記所定の画像処理が行われることにより、生体における粘膜表層の血管等が強調された像に加え、例えば、残渣、胆汁または腸液の像が血液の色と略同様の赤色を有する像としてモニタ等の表示手段に画像表示されてしまう。その結果、日本国特開 2 0 0 2 - 0 9 5 6 3 5 号公報に提案されている内視鏡装置は、狭帯域光観察が行われる場合に、例えば、残渣、胆汁または腸液の像に対し、病変が疑われる出血部位の像と略同様の注意を払いながら観察を進めてゆく必要を生じさせるといったような、無用な負担を術者に生じさせてしまうという課題を有している。また、日本国特開 2 0 0 2 - 0 9 5 6 3 5 号公報に提案されている内視鏡装置は、狭帯域光観察が行われる場合に、残渣、胆汁または腸液の像が血液の色と略同様の赤色を有する像としてモニタ等の表示手段に画像表示されてしまうことにより、被験者に対して精神的ストレスを与えてしまうという課題もまた有している。

【 0 0 0 6 】

本発明は、前述した点に鑑みてなされたものであり、生体に対する狭帯域光観察が行われる場合に、術者の負担及び被験者の精神的ストレスを軽減可能な内視鏡装置を提供することを目的としている。

【発明の開示】

【課題を解決するための手段】

【 0 0 0 7 】

本発明における内視鏡装置は、青色領域の波長帯域を有する第 1 の狭帯域光と、緑色領域の波長帯域を有する第 2 の狭帯域光とを生体内の被写体に対して出射可能な照明手段と、前記生体内の被写体が前記第 1 の狭帯域光により照明された場合に第 1 の被写体像を撮像し、前記生体内の被写体が前記第 2 の狭帯域光により照明された場合に第 2 の被写体像を撮像して撮像信号を出力する撮像手段と、前記撮像信号に応じた前記被写体の観察画像を表示手段に表示させるための映像信号を生成して出力する画像処理手段と、を備え、前記画像処理手段は、前記撮像信号に基づき、前記第 1 の被写体像を映像信号の緑成分及び青成分に割り当て、前記第 2 の被写体像を映像信号の赤成分及び青成分に割り当て、さらに、当該割り当てた 2 つの青成分を足し合わせるにより、前記生体内に存在する残渣、胆汁または腸液のうちの少なくとも 1 つの対象物の像が前記表示手段に表示される際の赤成分の輝度値に対して青成分の輝度値を近づけるように色調変換された映像信号を生成する色調変換手段を有する。

【図面の簡単な説明】

【 0 0 4 3 】

【図 1】第 1 の実施形態に係る内視鏡装置の要部の構成の一例を示す図。

【図 2】図 1 の内視鏡装置における、回転フィルタの構成の一例を示す図。

【図 3】図 2 の回転フィルタにおける、第 1 のフィルタ群が有する各フィルタの透過特性の一例を示す図。

【図 4】図 2 の回転フィルタにおける、第 2 のフィルタ群が有する各フィルタの透過特性の一例を示す図。

【図 5】図 1 の内視鏡装置における、画像処理回路の構成の一例を示す図。

【図 6】図 1 に内視鏡装置を用いた観察により得られる、狭帯域光観察モードにおける被写体の像の一例を示す図。

【図 7】第 2 の実施形態に係る内視鏡装置の要部の構成の一例を示す図。

【図 8】第 2 の実施形態の内視鏡装置が有する狭帯域用フィルタの分光特性の一例を示す図。

【図 9】第 2 の実施形態の内視鏡装置が有する色分離フィルタに用いられる各フィルタの配置例を示す図。

【発明を実施するための最良の形態】

【0044】

(第 1 の実施形態)

図 1 から図 6 は、本発明の第 1 の実施形態に係るものである。図 1 は、第 1 の実施形態に係る内視鏡装置の要部の構成の一例を示す図である。図 2 は、図 1 の内視鏡装置における、回転フィルタの構成の一例を示す図である。図 3 は、図 2 の回転フィルタにおける、第 1 のフィルタ群が有する各フィルタの透過特性の一例を示す図である。図 4 は、図 2 の回転フィルタにおける、第 2 のフィルタ群が有する各フィルタの透過特性の一例を示す図である。図 5 は、図 1 の内視鏡装置における、画像処理回路の構成の一例を示す図である。図 6 は、図 1 に内視鏡装置を用いた観察により得られる、狭帯域光観察モードにおける被写体の像の一例を示す図である。

【0045】

第 1 の実施形態の内視鏡装置 1 は、図 1 に示すように、生体内に挿入可能であり、該生体内に存在する生体組織等の被写体の像を撮像するとともに、該生体組織の像を撮像信号として出力する内視鏡 2 と、ライトガイド 6 を介し、被写体を照明するための照明光を内視鏡 2 に供給する光源装置 3 と、内視鏡 2 から出力される撮像信号に応じた信号処理を行い、該信号処理を行った後の撮像信号を映像信号として出力するビデオプロセッサ 4 と、ビデオプロセッサ 4 から出力される映像信号に基づき、内視鏡 2 が撮像した被写体の像を画像表示するモニタ 5 とを要部として有して構成されている。

【0046】

内視鏡 2 は、光源装置 3 から供給され、ライトガイド 6 により伝送された照明光を出射する照明光学系 2 1 と、照明光学系 2 1 から出射される照明光により照明された被写体の像を結像する対物光学系 2 2 と、対物光学系 2 2 の結像位置に配置される CCD (電荷結合素子) 2 3 と、内視鏡装置 1 の観察モードを切り替えるための、観察モード切替指示信号をビデオプロセッサ 4 に対して出力する観察モード切替スイッチ 2 4 とを有して構成されている。

【0047】

撮像手段としての CCD 2 3 は、照明光学系 2 1 から順次出射される照明光により照明された被写体の像を各々撮像し、該被写体の像を撮像信号として出力する。

【0048】

観察モード切替スイッチ 2 4 は、術者等に操作されることより、内視鏡装置 1 の観察モードを、肉眼による観察と略同様の被写体の像の画像を得ることが可能である通常観察モードと、生体における粘膜表層の血管等が強調された像の画像を得ることが可能である狭帯域光観察モードとのうち、いずれか一の観察モードに切り替えることができる。

【0049】

照明手段としての光源装置 3 は、キセノンランプ等により構成された、白色光を発するランプ 3 1 と、ランプ 3 1 が発した白色光の熱線を遮断する熱線カットフィルタ 3 2 と、ビデオプロセッサ 4 から出力される絞り制御信号に基づき、熱線カットフィルタを通過した白色光の光量を調整する絞り装置 3 3 と、絞り装置 3 3 を通過した白色光を面順次の照明光にする回転フィルタ 3 4 と、回転フィルタ 3 4 を透過した面順次の照明光を集光してライトガイド 6 に供給する集光光学系 3 5 とを有している。

【0050】

回転フィルタ 3 4 は、図 2 に示すように、中心を回転軸とした円盤状に構成されており

10

20

30

40

50

、内周側の周方向に沿って設けられた複数のフィルタを具備する第１のフィルタ群３４Ａと、外周側の周方向に沿って設けられた複数のフィルタを具備する第２のフィルタ群３４Ｂとを有している。

【００５１】

第１のフィルタ群３４Ａは、各々が回転フィルタ３４の内周側の周方向に沿って設けられた、赤色領域の波長帯域の光を透過させるＲフィルタ３４ｒと、緑色領域の波長帯域の光を透過させるＧフィルタ３４ｇと、青色領域の光を透過させるＢフィルタ３４ｂとを有して構成されている。

【００５２】

Ｒフィルタ３４ｒは、赤色領域の波長帯域の光として、例えば、図３に示すように、６００ｎｍから７００ｎｍまでの光を透過させるような構成を有している。また、Ｇフィルタ３４ｇは、緑色領域の波長帯域の光として、例えば、図３に示すように、５００ｎｍから６００ｎｍまでの光を透過させるような構成を有している。さらに、Ｂフィルタ３４ｂは、青色領域の波長帯域の光として、例えば、図３に示すように、４００ｎｍから５００ｎｍまでの光を透過させるような構成を有している。

【００５３】

第２のフィルタ群３４Ｂは、各々が回転フィルタ３４の外周側の周方向に沿って設けられた、青色領域の狭帯域の光を透過させるＢｎフィルタ３４ｂ１と、緑色領域の狭帯域の光を透過させるＧｎフィルタ３４ｇ１とを有して構成されている。

【００５４】

Ｂｎフィルタ３４ｂ１は、青色領域の狭帯域の光として、例えば、図４に示すように、 $415\text{ nm} \pm 15\text{ nm}$ の光を透過させるような構成を有している。Ｇｎフィルタ３４ｇ１は、緑色領域の狭帯域の光として、例えば、図４に示すように、 $540\text{ nm} \pm 15\text{ nm}$ の光を透過させるような構成を有している。

【００５５】

なお、第１の実施形態において、第２のフィルタ群３４Ｂは、Ｂｎフィルタ３４ｂ１及びＧｎフィルタ３４ｇ１のみを有して構成されるものに限らず、例えば、前述した２枚のフィルタに加え、赤色領域の狭帯域の光を透過させるフィルタをさらに有して構成されるものであっても良い。

【００５６】

さらに、光源装置３は、回転フィルタ３４を回転駆動させる回転フィルタモータ３６と、ビデオプロセッサ４から出力される観察モード切替信号に基づいて回転フィルタモータ３６の回転駆動を制御するとともに、回転フィルタ３４の回転に同期した同期信号をビデオプロセッサ４に対して出力する回転フィルタ制御回路３７と、ビデオプロセッサ４から出力される観察モード切替信号に基づいて駆動するフィルタ切替モータ３８とを有している。

【００５７】

フィルタ切替モータ３８は、ビデオプロセッサ４から出力される観察モード切替信号に基づき、回転フィルタ３４が有する第１のフィルタ群３４Ａまたは第２のフィルタ群３４Ｂのうち、いずれか一のフィルタをランプ３１の光路上に配置する。

【００５８】

光源装置３の各部が有する前述したような構成により、例えば、第１のフィルタ群３４Ａがランプ３１の光路上に配置された場合、Ｒフィルタ３４ｒ、Ｇフィルタ３４ｇ及びＢフィルタ３４ｂを透過した白色光は、Ｒ（赤）光、Ｇ（緑）光及びＢ（青）光からなる面順次な照明光として、集光光学系３５により各々集光された後、ライトガイド６に対して供給される。また、例えば、第２のフィルタ群３４Ｂがランプ３１の光路上に配置された場合、Ｂｎフィルタ３４ｂ１及びＧｎフィルタ３４ｇ１を透過した白色光は、青色領域の狭帯域の光（以降、Ｂｎ光と記す）及び緑色領域の狭帯域の光（以降、Ｇｎ光と記す）からなる面順次な照明光として、集光光学系３５により各々集光された後、ライトガイド６に対して供給される。

10

20

30

40

50

【 0 0 5 9 】

ビデオプロセッサ 4 は、内視鏡 2 が有する CCD 2 3 を駆動する CCD ドライバ 4 1 と、 CCD 2 3 から出力される撮像信号を増幅するアンプ 4 2 と、アンプ 4 2 から出力される撮像信号に対して相関 2 重サンプリング及びノイズ除去等の処理を施すプロセス回路 4 3 と、プロセス回路 4 3 から出力される撮像信号をデジタルの画像信号に変換する A / D コンバータ 4 4 と、 A / D コンバータ 4 4 から出力される画像信号に対してホワイトバランス処理を施すホワイトバランス回路 4 5 とを有している。

【 0 0 6 0 】

また、ビデオプロセッサ 4 は、ホワイトバランス回路 4 5 から順次出力される画像信号を一時的に蓄積して同時化する同時化回路 4 6 と、同時化回路 4 6 に蓄積された画像信号に基づき、1 フレーム分の画像信号を読み出し、該 1 フレーム分の画像信号に対してマトリックス変換処理及びガンマ補正処理を行う画像処理回路 4 7 と、画像処理回路 4 7 から出力される画像信号をアナログの映像信号に変換して出力する D / A コンバータ 4 8 と、光源装置 3 の回転フィルタ制御回路 3 7 から出力される同期信号に応じたタイミング信号を、前述したビデオプロセッサ 4 の各部に対して出力するタイミングジェネレータ 4 9 とを有している。

10

【 0 0 6 1 】

同時化回路 4 6 は、セクタ 4 6 a、メモリ 4 6 b、4 6 c 及び 4 6 d を有して構成されている。

【 0 0 6 2 】

セクタ 4 6 a は、タイミングジェネレータ 4 9 から出力されるタイミング信号に基づき、ホワイトバランス回路 4 5 から出力される画像信号を、メモリ 4 6 b、4 6 c 及び 4 6 d に対して順次出力する。

20

【 0 0 6 3 】

記憶手段としてのメモリ 4 6 b、4 6 c 及び 4 6 d は、メモリ 4 6 b が R チャンネル用のメモリとして、メモリ 4 6 c が G チャンネル用のメモリとして、メモリ 4 6 d が B チャンネル用のメモリとして夫々構成されている。すなわち、メモリ 4 6 b に入力された画像信号は赤成分として蓄積され、メモリ 4 6 c に入力された画像信号は緑成分として蓄積され、メモリ 4 6 d に入力された画像信号は青成分として蓄積される。

【 0 0 6 4 】

そして、メモリ 4 6 b、4 6 c 及び 4 6 d は、タイミングジェネレータ 4 9 から出力されるタイミング信号に基づき、セクタ 4 6 a から出力される画像信号を蓄積して同時化する。

30

【 0 0 6 5 】

画像処理回路 4 7 は、図 5 に示すように、マトリックス回路 4 7 A と、補正回路 4 7 B とを有して構成されている。また、画像処理回路 4 7 は、後述する観察モード切替回路 5 0 から出力される観察モード切替信号に基づき、通常観察モード及び狭帯域光観察モード各々に応じた画像処理を行う。

【 0 0 6 6 】

色調変換手段としてのマトリックス回路 4 7 A は、同時化回路 4 6 から読み出した、赤成分、緑成分及び青成分からなる 1 フレーム分の画像信号に対し、後述するマトリックス変換処理を行うことにより、該画像信号における被写体の像を観察モードに応じた色に変換して出力する。

40

【 0 0 6 7 】

補正回路 4 7 B は、マトリックス回路 4 7 A によりマトリックス変換処理が行われた後の画像信号に対し、補正処理を行って出力する。

【 0 0 6 8 】

さらに、ビデオプロセッサ 4 は、観察モード切替回路 5 0 と、調光制御パラメータ回路 5 1 と、調光回路 5 2 とを有している。

【 0 0 6 9 】

50

観察モード切替回路 50 は、内視鏡 2 から出力される観察モード切替指示信号に基づき、観察モードに応じた動作を光源装置 3 及びビデオプロセッサ 4 が有する各部に行わせるための観察モード切替信号を出力する。

【0070】

調光制御パラメータ回路 51 は、観察モード切替回路 50 から出力される観察モード切替信号に基づき、観察モードに応じた調光制御パラメータを出力する。

【0071】

調光回路 52 は、調光制御パラメータ回路 51 から出力される調光制御パラメータと、プロセス回路 43 から出力される撮像信号とに基づき、観察モードに応じた明るさ制御を行うための絞り制御信号を絞り装置 33 に対して出力する。

10

【0072】

次に、内視鏡装置 1 の作用について説明を行う。

【0073】

まず、術者等は、内視鏡装置 1 の各部、すなわち、内視鏡 2、光源装置 3、ビデオプロセッサ 4 及びモニタ 5 の電源を投入し、該各部を起動状態とする。なお、前記起動状態において、内視鏡 2、光源装置 3 及びビデオプロセッサ 4 は、通常観察モードとして設定されているものとする。

【0074】

ビデオプロセッサ 4 が通常観察モードとして設定された場合、観察モード切替回路 50 は、観察モード切替スイッチ 24 から出力される観察モード切替指示信号に基づき、回転フィルタ 34 の第 1 のフィルタ群 34A がランプ 31 の光路上に配置されるように、フィルタ切替モータ 38 に対して観察モード切替信号を出力する。また、観察モード切替回路 50 は、観察モード切替スイッチ 24 から出力される観察モード切替指示信号に基づき、通常観察モードに適した調光制御パラメータが出力されるように、調光制御パラメータ回路 51 に対して観察モード切替信号を出力する。さらに、観察モード切替回路 50 は、観察モード切替スイッチ 24 から出力される観察モード切替指示信号に基づき、回転フィルタ 34 が通常観察モードに適した回転速度により回転駆動するように、回転フィルタ制御回路 37 に対して観察モード切替信号を出力する。

20

【0075】

そして、調光制御パラメータ回路 51 は、観察モード切替信号に基づき、通常観察モードに適した調光制御パラメータを調光回路 52 に対して出力する。

30

【0076】

調光回路 52 は、調光制御パラメータ回路 51 から出力される調光制御パラメータに基づき、通常観察モードに適した光量の照明光が光源装置 3 から供給されるように、絞り装置 33 に対して絞り制御信号を出力する。

【0077】

光源装置 3 は、絞り装置 33、回転フィルタ制御回路 37 及びフィルタ切替モータ 38 に各々入力された観察モード切替信号により、R 光、G 光及び B 光からなる面順次な照明光をライトガイド 6 に対して供給する。また、光源装置 3 の回転フィルタ制御回路 37 は、回転フィルタ 34 の回転に同期した同期信号をビデオプロセッサ 4 に対して出力する。

40

【0078】

そして、R 光、G 光及び B 光からなる面順次な照明光は、ライトガイド 6 及び照明光学系 21 を介し、被写体に対して出射される。

【0079】

R 光、G 光及び B 光からなる面順次な照明光により照明された被写体の像は、対物光学系 22 により結像され、CCD 23 により撮像された後、撮像信号としてビデオプロセッサ 4 に対して出力される。

【0080】

ビデオプロセッサ 4 に対して出力された撮像信号は、アンプ 42 により増幅され、プロセス回路 43 により相関 2 重サンプリング及びノイズ除去等の処理が施され、A/D コン

50

パート４４によりデジタルの画像信号に変換され、ホワイトバランス回路４５によりホワイトバランス処理が施された後、同時化回路４６において同時化された１フレーム分の画像信号として、画像処理回路４７により読み込まれる。なお、通常観察モードにおいては、Ｒ光の被写体の像の画像信号が赤成分としてメモリ４６ｂに蓄積され、Ｇ光の被写体の像の画像信号が緑成分としてメモリ４６ｃに蓄積され、Ｂ光の被写体の像の画像信号が青成分としてメモリ４６ｄに蓄積されるものであるとする。

【００８１】

画像処理回路４７は、観察モード切替回路５０から出力される観察モード切替信号に基づき、ビデオプロセッサ４が通常観察モードとして設定されたことを検出すると、同時化回路４６から読み込んだ画像信号に対し、マトリックス回路４７Ａにおける、後述するマトリックス変換処理を行わず、補正回路４７Ｂにおける補正処理のみを行って出力する。

10

【００８２】

画像処理回路４７から出力された画像信号は、Ｄ／Ａコンバータ４８によりアナログの映像信号に変換された後、モニタ５に対して出力される。

【００８３】

以上に述べた処理がビデオプロセッサ４において行われることにより、モニタ５には、通常観察モードの被写体の像としての、肉眼による観察と略同様の被写体の像が画像表示される。

【００８４】

20

その後、術者等は、生体内における所望の被写体が、対物光学系２２の視野内であり、かつ、照明光学系２１から出射される照明光により照明される位置となるように内視鏡２を操作して移動させる。そして、この状態において、術者等は、観察モード切替スイッチ２４を操作することにより、内視鏡装置１の観察モードを、通常観察モードから狭帯域光観察モードへと切り替える。

【００８５】

ビデオプロセッサ４が狭帯域光観察モードとして設定された場合、観察モード切替回路５０は、観察モード切替スイッチ２４から出力される観察モード切替指示信号に基づき、回転フィルタ３４の第１のフィルタ群３４Ｂがランプ３１の光路上に配置されるように、フィルタ切替モータ３８に対して観察モード切替信号を出力する。また、観察モード切替回路５０は、観察モード切替スイッチ２４から出力される観察モード切替指示信号に基づき、狭帯域光観察モードに適した調光制御パラメータが出力されるように、調光制御パラメータ回路５１に対して観察モード切替信号を出力する。さらに、観察モード切替回路５０は、観察モード切替スイッチ２４から出力される観察モード切替指示信号に基づき、回転フィルタ３４が狭帯域光観察モードに適した回転速度により回転駆動するように、回転フィルタ制御回路３７に対して観察モード切替信号を出力する。

30

【００８６】

そして、調光制御パラメータ回路５１は、観察モード切替信号に基づき、狭帯域光観察モードに適した調光制御パラメータを調光回路５２に対して出力する。

【００８７】

40

調光回路５２は、調光制御パラメータ回路５１から出力される調光制御パラメータに基づき、狭帯域光観察モードに適した光量の照明光が光源装置３から供給されるように、絞り装置３３に対して絞り制御信号を出力する。

【００８８】

光源装置３は、絞り装置３３、回転フィルタ制御回路３７及びフィルタ切替モータ３８に各々入力された観察モード切替信号により、Ｇｎ光及びＢｎ光からなる面順次な照明光をライトガイド６に対して供給する。また、光源装置３の回転フィルタ制御回路３７は、回転フィルタ３４の回転に同期した同期信号をビデオプロセッサ４に対して出力する。

【００８９】

そして、Ｇｎ光及びＢｎ光からなる面順次な照明光は、ライトガイド６及び照明光学系

50

21を介し、被写体に対して出射される。

【0090】

G_n光及びB_n光からなる面順次な照明光により照明された被写体の像は、対物光学系22により結像され、CCD23により各々撮像された後、撮像信号としてビデオプロセッサ4に対して出力される。すなわち、CCD23は、被写体がB_n光により照明された場合に第1の被写体像を撮像するとともに、該被写体がG_n光により照明された場合に第2の被写体像を撮像し、各々の被写体像を撮像信号として出力する。

【0091】

ビデオプロセッサ4に対して出力された撮像信号は、アンプ42により増幅され、プロセス回路43により相関2重サンプリング及びノイズ除去等の処理が施され、A/Dコンバータ44によりデジタルの画像信号に変換され、ホワイトバランス回路45によりホワイトバランス処理が施された後、同時化回路46において同時化された1フレーム分の画像信号として、画像処理回路47により読み込まれる。なお、狭帯域光観察モードにおいては、セレクト46aにより、G_n光により照明された被写体の像の画像信号であるG_i信号がメモリ46b及びメモリ46dに対して出力され、B_n光により照明された被写体の像の画像信号であるB_i信号がメモリ46c及びメモリ46dに対して出力されるものであるとする。

【0092】

画像処理回路47は、観察モード切替回路50から出力される観察モード切替信号に基づき、ビデオプロセッサ4が狭帯域光観察モードとして設定されたことを検出すると、同時化回路46から読み込んだ各画像信号に対し、マトリックス回路47Aにおいて、所定の色変換処理としてのマトリックス変換処理を行う。

【0093】

マトリックス回路47Aは、同時化回路46が有する各メモリから読み込んだG_i信号及びB_i信号各々に対して下記数式(1)に基づくマトリックス変換を施した信号を、マトリックス回路47Aから出力される赤成分、緑成分及び青成分としての、R_o信号、G_o信号及びB_o信号として各々出力する。

【0094】

$$\begin{pmatrix} R_o \\ G_o \\ B_o \end{pmatrix} = \begin{pmatrix} k_1 & 0 \\ 0 & k_2 \\ k_3 & 0 \end{pmatrix} \begin{pmatrix} G_i \\ B_i \end{pmatrix} \cdots (1)$$

具体的には、マトリックス回路47Aは、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理を行うことにより、メモリ46bから読み込んだG_i信号の輝度値をk₁倍した信号を、該マトリックス変換処理後の赤成分であるR_o信号として出力する。

【0095】

また、マトリックス回路47Aは、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理を行うことにより、メモリ46cから読み込んだB_i信号の輝度値をk₂倍した信号を、該マトリックス変換処理後の緑成分であるG_o信号として出力する。

【0096】

さらに、マトリックス回路47Aは、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理を行うことにより、メモリ46dから読み込んだG_i信号の輝度値をk₃倍した信号を、該マトリックス変換処理後の青成分であるB_o信号として出力する。

【0097】

なお、数式(1)において、定数k₃は、定数k₁及び定数k₂のいずれの値よりも小さい値であるとする。より具体的には、定数k₁、定数k₂及び定数k₃の値は、例えば

、 $k_3 < k_1 < k_2$ という大小関係が各々成立する値であるとする。

【0098】

その後、補正回路47Bは、マトリックス回路47Aから出力される、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理が施された、 R_o 信号、 G_o 信号及び B_o 信号を有する画像信号に対し、補正処理を行って出力する。

【0099】

画像処理回路47から出力された画像信号は、D/Aコンバータ48によりアナログの映像信号に変換された後、モニタ5に対して出力される。

【0100】

以上に述べた一連の処理がビデオプロセッサ4において行われることにより、モニタ5には、狭帯域光観察モードにおける被写体の像が画像表示される。そして、狭帯域光観察モードの被写体の像として、例えば、図6に示すような、生体内の粘膜表層付近の毛細血管101の像が強調された像と、生体組織とは異なる所定の対象物の像としての、残渣102の像とがモニタ5に画像表示される。なお、残渣102は、生体組織とは異なる所定の対象物として、例えば、胆汁または腸液等であっても良い。

【0101】

毛細血管101の像は、前述したマトリックス変換処理がビデオプロセッサ4において行われることにより、例えば、ブラウン色またはブラウン色に近い色の像として画像表示される。また、残渣102の像は、前述したマトリックス変換処理がビデオプロセッサ4において行われることにより、例えば、マゼンタ色またはマゼンタ色に近い色の像として画像表示される。すなわち、マトリックス回路47Aは、前述したマトリックス変換処理において、残渣102の像における、赤成分の輝度値及び青成分の輝度値が略同じになるように処理を行う。

【0102】

以上に述べた作用により、第1の実施形態の内視鏡装置1は、狭帯域光観察において、生体内の粘膜表層付近の毛細血管が強調された像の画像を得ることができるとともに、残渣の像が、血液の色と略同様の赤色とは異なる色の像となった画像を得ることができる。その結果、第1の実施形態の内視鏡装置1は、生体に対する狭帯域光観察が行われる場合に、術者等の負担を軽減することができる。

【0103】

なお、前述した効果と略同様の効果を得るための構成として、マトリックス回路47Aは、数式(1)に基づくマトリックス変換処理を行うものに限るものではなく、例えば、下記数式(2)に基づくマトリックス変換処理を行うものとして構成されていても良い。

【0104】

$$\begin{pmatrix} R_o \\ G_o \\ B_o \end{pmatrix} = \begin{pmatrix} k_1 & 0 \\ 0 & k_2 \\ k_3 & k_4 \end{pmatrix} \begin{pmatrix} G_i \\ B_i \end{pmatrix} \quad \dots \quad (2)$$

マトリックス回路47Aは、上記数式(2)に基づくマトリックス変換処理を行うことにより、メモリ46bから読み込んだ G_i 信号の輝度値を k_1 倍した信号を、該マトリックス変換処理後の赤成分である R_o 信号として出力する。

【0105】

また、マトリックス回路47Aは、上記数式(2)に基づくマトリックス変換処理を行うことにより、メモリ46cから読み込んだ B_i 信号の輝度値を k_2 倍した信号を、該マトリックス変換処理後の緑成分である G_o 信号として出力する。

【0106】

さらに、また、マトリックス回路47Aは、上記数式(2)に基づくマトリックス変換

10

20

30

40

50

処理を行うことにより、メモリ 46d から読み込んだ G_i 信号の輝度値を k_3 倍した信号と、メモリ 46d から読み込んだ B_i 信号の輝度値を k_4 倍した信号とを足し合わせた信号を、該マトリックス変換処理後の青成分である G_o 信号として出力する。

【0107】

なお、数式(2)において、定数 k_4 は、前述した定数 k_3 よりも大きく、かつ、前述した定数 k_1 及び k_2 のいずれの値よりも小さい値であるとする。より具体的には、定数 k_1 、定数 k_2 、定数 k_3 及び定数 k_4 の値は、例えば、 $k_3 < k_4 < k_1 < k_2$ という大小関係が各々成立する値であるとする。

【0108】

以降、前述した一連の処理と同様の処理がビデオプロセッサ4において行われることにより、モニタ5には、狭帯域光観察モードにおける被写体の像が画像表示される。

10

【0109】

上記数式(2)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合に得られる像と略同様の色を有する残渣102の像がモニタ5に画像表示される。また、上記数式(2)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合に得られる像に比べてさらにコントラストの良い毛細血管101の像がモニタ5に画像表示される。

【0110】

そして、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、例えば、図6に示すような局所部位103の像が、ハレーションを起こすことにより、黄色にごく近い色の像としてモニタ5に画像表示されることがある。しかし、上記数式(2)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、図6に示すような局所部位103の像は、白色または白色に近い色の像としてモニタ5に画像表示される。

20

【0111】

以上に述べた、上記数式(2)に基づくマトリックス変換処理がマトリックス回路47Aにおいて行われることにより、モニタ5には、狭帯域光観察モードの被写体の像として、上記数式(1)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合に比べてコントラストの良い毛細血管101の像と、血液の色と略同様の赤色とは異なる色の像である残渣102の像と、白色または白色に近い色の像である局所部位103の像とが画像表示される。

【0112】

30

(第2の実施形態)

図7から図9は、本発明の第2の実施形態に係るものである。図7は、第2の実施形態に係る内視鏡装置の要部の構成の一例を示す図である。図8は、第2の実施形態の内視鏡装置が有する狭帯域用フィルタの分光特性の一例を示す図である。図9は、第2の実施形態の内視鏡装置が有する色分離フィルタに用いられる各フィルタの配置例を示す図である。

【0113】

なお、以降の説明において、第1の実施形態と同様の構成を持つ部分については、詳細な説明を省略する。

【0114】

40

第2の実施形態の内視鏡装置201は、図7に示すように、体腔内等に挿入され、内視鏡検査を行う電子内視鏡(以下、単に内視鏡と略記)202と、内視鏡202に照明光を供給する光源装置203と、内視鏡202に内蔵された撮像手段を駆動すると共に、該撮像手段の出力信号に対する信号処理を行うビデオプロセッサ204と、ビデオプロセッサ204から出力される映像信号に基づき、該撮像手段により撮像された被写体の像を内視鏡画像として表示するモニタ205と、を要部として有している。

内視鏡202は、細長の挿入部207と、この挿入部207の後端に設けられた操作部208と、この操作部208から延出されたユニバーサルケーブル209とを有している。また、ユニバーサルケーブル209の端部に設けられたライトガイドコネクタ211は、光源装置203に着脱自在に接続される。さらに、ユニバーサルケーブル209は、端

50

部に設けられた信号コネクタにより、ビデオプロセッサ 204 に着脱自在に接続される。

【0115】

挿入部 207 の内部には、照明光を伝送するためのライトガイド 213 が挿通されている。そして、このライトガイド 213 における手元側の端部に設けられたライトガイドコネクタ 211 が光源装置 203 に接続されると、光源装置 203 の照明光がライトガイド 213 に供給される。

【0116】

光源装置 203 は、通常光観察モード時には、通常照明光としての白色（可視領域）の照明光を発するとともに、該白色の照明光をライトガイド 213 に供給する。また、光源装置 203 は、特殊光観察モードとしての例えば狭帯域光観察モード時には、狭帯域の照明光を発するとともに、該狭帯域の照明光をライトガイド 213 に供給する。

10

【0117】

通常光観察モードと狭帯域光観察モードの切替指示は、内視鏡 202 の操作部 208 に設けられたモード切替スイッチ 214 a の操作により行うことができる。なお、第 2 の実施形態の内視鏡装置 201 において、通常光観察モードと狭帯域光観察モードの切替指示は、内視鏡 202 に設けられたモード切替スイッチ 214 a の操作により行われるものに限らず、例えば、ビデオプロセッサ 204 の操作パネル 217 に設けられたモード切替スイッチ 214 b の操作により行われるものであっても良いし、図示しないフットスイッチまたはキーボードの操作により行われるものであっても良い。

【0118】

20

モード切替スイッチ 214 a 等の操作による切替信号は、ビデオプロセッサ 204 内の制御回路 215 に入力される。そして、この制御回路 215 は、前記切替信号に応じてフィルタ挿脱装置 216 を制御することにより、光源装置 203 からライトガイド 213 に供給される照明光を、通常照明光または狭帯域照明光のいずれかに選択的に切り替える。

【0119】

また、制御回路 215 は、光源装置 203 からライトガイド 213 に供給される照明光の切替制御に連動して、ビデオプロセッサ 204 内の映像信号処理系の特性を切り替える制御を併せて行う。すなわち、ビデオプロセッサ 204 は、モード切替スイッチ 214 a による切替指示に応じて映像信号処理系の特性を切り替えることにより、通常光観察モード及び狭帯域光観察モードの各々に適した信号処理を行うことができる。

30

【0120】

また、ビデオプロセッサ 204 の操作パネル 217 には、モード切替スイッチ 214 b と、画像の鮮鋭度を強調する強調レベル切替スイッチ 219 とが設けられている。そして、スイッチ 214 b 及び 219 から出力された各信号は、制御回路 215 に入力される。モード切替スイッチ 214 b は、モード切替スイッチ 214 a と同じ機能を有している。

【0121】

光源装置 203 は、可視領域を含む照明光を発するランプ 220 を内蔵している。ランプ 220 において発せられた照明光は、赤外カットフィルタ 221 により赤外光がカットされて略白色光の波長帯域に近い照明光にされた後、絞り 222 に入射される。絞り 222 は、絞り駆動回路 223 の制御により開口量が調整されるとともに、該開口量に応じた照明光を通過させる。

40

【0122】

プランジャ等を具備して構成されるフィルタ挿脱装置 216 は、制御回路 215 の制御に応じ、ランプ 220 から発せられる照明光の光路上（例えば絞り 222 と集光レンズ 225 との間）において狭帯域用フィルタ 224 を挿脱させる。

【0123】

一方、絞り 222 を通過した照明光は、狭帯域用フィルタ 224 を介して（狭帯域光観察モード時）、または、狭帯域用フィルタ 224 を介さずに（通常光観察モード時）集光レンズ 225 に入射され、集光レンズ 225 により集光された後、ライトガイド 213 の手元側の入射端面に入射される。

50

【 0 1 2 4 】

図 2 は、狭帯域用フィルタ 2 2 4 の透過率特性の一例を示す図である。狭帯域用フィルタ 2 2 4 は、3 峰性フィルタ特性を示し、例えば、赤、緑、青の各波長域において、それぞれ狭帯域に透過する狭帯域透過フィルタ特性部 R a , G a , B a を有している。

【 0 1 2 5 】

より具体的には、狭帯域透過フィルタ特性部 R a , G a , B a は、それぞれ中心波長が 6 0 0 n m、5 4 0 n m、4 2 0 n m であり、その半値幅が 2 0 ~ 4 0 n m のバンドパス特性を有している。

【 0 1 2 6 】

従って、狭帯域用フィルタ 2 2 4 がランプ 2 2 0 から発せられる照明光の光路上に配置された場合には、前記狭帯域透過フィルタ特性部 R a , G a , B a を透過した 3 バンドの狭帯域の照明光が同時にライトガイド 2 1 3 に供給される。また、これに対し、狭帯域用フィルタ 2 2 4 がランプ 2 2 0 から発せられる照明光の光路上に配置されない場合には、(可視の波長領域の) 白色光がライトガイド 2 1 3 に供給される。

【 0 1 2 7 】

光源装置 2 0 3 側からライトガイド 2 1 3 へ入射された照明光は、ライトガイド 2 1 3 により伝送された後、挿入部 2 0 7 の先端部 2 2 6 に設けた照明窓に取り付けた照明レンズ 2 2 7 を経て外部に出射され、体腔内の患部等の生体組織の表面を照明する。

【 0 1 2 8 】

先端部 2 2 6 には、照明窓に隣接する位置に観察窓が設けられている。そして、前記観察窓には、生体組織からの戻り光による光学像を結像する対物レンズ 2 2 8 が取り付けられている。また、対物レンズ 2 2 8 の結像位置には、固体撮像素子として電荷結合素子 (C C D と略記) 2 2 9 が配置されている。そして、対物レンズ 2 2 8 により結像された光学像は、C C D 2 2 9 により光電変換された後、撮像信号として出力される。

【 0 1 2 9 】

C C D 2 2 9 の撮像面には、光学的に色分離する色分離フィルタ 2 3 0 として、例えば図 3 に示す補色系フィルタが各画素単位で取り付けられている。

【 0 1 3 0 】

前記補色系フィルタは、各画素の前に、マゼンタ (M g)、グリーン (G)、シアン (C y)、イエロ (Y e) の 4 色のカラーチップが配置された構成を有している。具体的には、前記補色系フィルタは、水平方向において、M g 及び G のカラーチップが交互に配置された構成を有している。また、前記補色系フィルタは、縦方向において、M g、C y、M g、Y e、... の順に繰り返し配置されたカラーチップ群と、と G、Y e、G、C y、... の順に繰り返し配置されたカラーチップ群と、が交互に配置された構成を有している。

【 0 1 3 1 】

そして、色分離フィルタ 2 3 0 として前記補色系フィルタを用いた C C D 2 2 9 の場合、縦方向に隣接する 2 列の画素を加算して順次読み出すが、このとき奇数フィールドと偶数フィールドで画素の列をずらして読み出すようにする。そして、後段側において Y / C 分離回路 2 3 7 が行う処理により、公知のように輝度信号と色信号とが生成される。

【 0 1 3 2 】

C C D 2 2 9 は、内視鏡 2 0 2 内部の信号線の一端と接続されている。そして、前記信号線他端を内蔵する信号コネクタがビデオプロセッサ 2 0 4 に物理的に接続されることにより、ビデオプロセッサ 2 0 4 内の C C D 駆動回路 2 3 1 及び相関二重サンプリング回路 (C D S 回路) 2 3 2 と、C C D 2 2 9 とが電氣的に接続される。

【 0 1 3 3 】

なお、各内視鏡 2 0 2 は、その内視鏡 2 0 2 に固有の識別情報 (I D) を発生する I D 発生部 2 3 3 を備えている。そして、I D 発生部 2 3 3 において発生された I D は、ユニバーサルケーブル 2 0 9 を介して制御回路 2 1 5 へ入力される。

【 0 1 3 4 】

制御回路 2 1 5 は、入力される I D に基づき、ビデオプロセッサ 2 0 4 に接続された内

10

20

30

40

50

視鏡 202 の種類、内視鏡 202 に搭載された CCD 229 の種類、及び、CCD 229 の画素数等を識別する。そして、制御回路 215 は、識別した内視鏡 202 の CCD 229 が適切な駆動状態となるように、CCD 駆動回路 231 に対する制御を行う。

【0135】

CCD 229 は、CCD 駆動回路 231 からの CCD 駆動信号に応じ、対物レンズ 228 により結像された光学像の光電変換を行う。そして、CCD 229 により光電変換された光学像の撮像信号は、CDS 回路 232 に入力される。

【0136】

CDS 回路 232 に入力された撮像信号は、信号成分が抽出されたベースバンドの信号として A/D 変換回路 234 へ出力された後、A/D 変換回路 234 によりデジタル信号に変換されるとともに、明るさ検波回路 235 により明るさ（信号の平均輝度）が検出される。

10

【0137】

明るさ検波回路 235 により検出された明るさを情報として有する明るさ信号は、調光回路 236 に入力された後、基準の明るさ（調光の目標値）との差分を情報として有する調光信号として変換される。そして、前記調光信号は、光源装置 203 からライトガイド 213 に供給される照明光の光量が前記基準の明るさに応じた光量となるように、絞り駆動回路 223 が絞り 222 の開口量の制御を行う際に用いられる。

【0138】

A/D 変換回路 234 から出力されたデジタル信号は、オートゲインコントロール回路（AGC 回路と略記）238 により信号レベルが所定のレベルとなるようにゲイン制御された後、Y/C 分離回路 237 に入力される。また、Y/C 分離回路 237 は、入力されるデジタル信号に基づき、輝度信号 Yh と（広義の色信号 C としての）線順次の色差信号 Cr（ $= 2R - G$ ）及び Cb（ $= 2B - G$ ）とを生成する。

20

【0139】

Y/C 分離回路 237 から出力された輝度信号 Yh は、セレクトア 239 に入力されるとともに、入力信号の通過帯域を制限する第 1 のローパスフィルタ（LPF と略記）241 に入力される。

【0140】

LPF 241 は、輝度信号 Yh に対応して広い通過帯域特性を有している。そして、輝度信号 Yh は、前記通過帯域特性に応じてフィルタリングされることにより、輝度信号 Yl として第 1 マトリクス回路 242 に入力される。

30

【0141】

一方、色差信号 Cr 及び Cb は、入力信号の通過帯域を制限する第 2 の LPF 243 を介して（線順次）同時化回路 244 に入力される。

このとき、第 2 の LPF 243 は、制御回路 215 の制御により、観察モードに応じてその通過帯域特性が変更される。具体的には、第 2 の LPF 243 は、制御回路 215 の制御により、通常光観察モード時には、第 1 の LPF 241 に比べて低帯域である、第 1 の通過帯域特性を有するように設定される。また、第 2 の LPF 243 は、制御回路 215 の制御により、狭帯域光観察モード時には、前記第 1 の通過帯域特性に比べて広い帯域であるとともに、第 1 の LPF 241 と略同様の帯域である、第 2 の通過帯域特性を有するように設定される。このように、第 2 の LPF 243 は、観察モードの切替に連動して、色差信号 Cr 及び Cb に対する通過帯域を制限することにより、処理特性を変更可能な処理特性変更手段を形成している。

40

【0142】

同時化回路 244 は、入力される色差信号 Cr 及び Cb を同時化し、第 1 マトリクス回路 242 に対して出力する。

第 1 マトリクス回路 242 は、輝度信号 Yl と、色差信号 Cr 及び Cb とに応じて 3 原色信号 R1、G1 及び B1 を生成するとともに、生成した該 3 原色信号 R1、G1 及び B1 をホワイトバランス回路 245 に対して出力する。

50

【 0 1 4 3 】

また、第 1 マトリクス回路 2 4 2 は、制御回路 2 1 5 によって制御されることにより、C C D 2 2 9 の色分離フィルタ 2 3 0 の特性、及び、狭帯域用フィルタ 2 2 4 の特性に応じて（変換特性を決定する）マトリクス係数の値を変更する。これにより、第 1 マトリクス回路 2 4 2 は、混色の無い或いは混色を殆ど解消した 3 原色信号 R 1、G 1 及び B 1 を生成することができる。

【 0 1 4 4 】

例えば、ビデオプロセッサ 2 0 4 に実際に接続される内視鏡 2 0 2 により、該内視鏡 2 0 2 に搭載されている C C D 2 2 9 の色分離フィルタ 2 3 0 の特性が異なる場合がある。制御回路 2 1 5 は、I D の情報により実際に使用されている C C D 2 2 9 の色分離フィルタ 2 3 0 の特性に応じて第 1 マトリクス回路 2 4 2 の係数を変更する。これにより、ビデオプロセッサ 2 0 4 は、実際に使用される撮像素子の種類が異なる場合にも適切に対応でき、その結果、偽色の発生が防止され、かつ、混色の（殆ど）無い 3 原色信号 R 1、G 1 及び B 1 を生成することができる。

【 0 1 4 5 】

なお、ビデオプロセッサ 2 0 4 は、混色の無い 3 原色信号 R 1、G 1 及び B 1 を生成可能であることにより、特に狭帯域光観察モード時に、特定の色の狭帯域光の下において撮像された光学像に基づく色信号が、他の色の狭帯域光の下において撮像された光学像に基づく色信号のために識別がしにくくなってしまうことを有効に防止できる作用効果を持つ。

【 0 1 4 6 】

ホワイトバランス回路 2 4 5 は、入力された 3 原色信号 R 1、G 1 及び B 1 に対してホワイトバランス処理を施すことにより、3 原色信号 R 2、G 2 及び B 2 を生成して出力する。

【 0 1 4 7 】

第 2 マトリクス回路 2 4 6 は、ホワイトバランス回路 2 4 5 から出力される 3 原色信号 R 2、G 2 及び B 2 に基づき、輝度信号 Y と、色差信号 R - Y 及び B - Y とを生成して出力する。

【 0 1 4 8 】

この場合、制御回路 2 1 5 は、通常光観察モード時には、入力される 3 原色信号 R 2、G 2 及び B 2 から、輝度信号 Y と、色差信号 R - Y 及び B - Y とを単に生成可能な係数として、第 2 マトリクス回路 2 4 6 のマトリクス係数を設定する。

【 0 1 4 9 】

また、制御回路 2 1 5 は、狭帯域光観察モード時には、入力される 3 原色信号 R 2、G 2 及び B 2 から、特に B 信号に対する比率（重み付け）を大きくした輝度信号 Y n b i と、色差信号 R - Y 及び B - Y とを生成可能な係数として、第 2 マトリクス回路 2 4 6 のマトリクス係数を、通常光観察モード時の値と異なる値として設定する。

【 0 1 5 0 】

そして、前述した場合における変換式は、3 行 3 列のマトリクス A 及び K を用いた場合、下記数式（3）のように示される。

【 0 1 5 1 】

$$\begin{pmatrix} Ynbi \\ R-Y \\ B-Y \end{pmatrix} = A * K * \begin{pmatrix} R2 \\ G2 \\ B2 \end{pmatrix} \quad \cdots (3)$$

ここで、マトリクス K は、例えば、前述した数式（1）における定数 k_1 、定数 k_2 及

び定数 k_3 の各値を要素として有する、

$$K = \begin{pmatrix} 0 & k_1 & 0 \\ 0 & 0 & k_2 \\ 0 & k_3 & 0 \end{pmatrix} \cdot \cdot \cdot \quad (4)$$

上記数式 (4) に示すようなものであっても良いし、また、前述した数式 (2) における定数 k_1 、定数 k_2 、定数 k_3 及び定数 k_4 の各値を要素として有する、

$$K = \begin{pmatrix} 0 & k_1 & 0 \\ 0 & 0 & k_2 \\ 0 & k_3 & k_4 \end{pmatrix} \cdot \cdot \cdot \quad (5)$$

上記数式 (5) に示すようなものであっても良い。

【0152】

また、マトリクス A は、RGB 信号から Y 色差信号を生成するためのマトリクスであり、例えば下記数式 (6) に示すような公知の演算係数が用いられる。

【0153】

$$A = \begin{pmatrix} 0.299 & 0.587 & 0.114 \\ -0.299 & -0.587 & 0.886 \\ 0.701 & -0.587 & -0.114 \end{pmatrix} \cdot \cdot \cdot \quad (6)$$

第2マトリクス回路246から出力された輝度信号 Y_{nbi} は、セクタ239に入力される。そして、セクタ239は、制御回路215の制御に基づき、通常光観察モード時には輝度信号 Y_h を選択して出力するとともに、狭帯域光観察モード時には輝度信号 Y_{nbi} を選択して出力する。なお、図7においては、セクタ239から選択して出力される輝度信号 Y_h または Y_{nbi} を輝度信号 Y_{sel} として示している。

第2マトリクス回路246から出力される色差信号 $R-Y$ 及び $B-Y$ は、セクタ239を介して出力される輝度信号 Y_{sel} (輝度信号 Y_h または Y_{nbi}) と併せて拡大補間回路247に入力される。

【0154】

そして、輝度信号 Y_{sel} は、拡大補間回路247により拡大処理が施され、強調回路248により鮮鋭度強調の処理が施された後、第3マトリクス回路249に入力される。また、拡大補間回路247により拡大処理が施された色差信号 $R-Y$ 及び $B-Y$ は、第3マトリクス回路249に入力される。

【0155】

そして、輝度信号 Y_{sel} と、色差信号 $R-Y$ 及び $B-Y$ とは、第3マトリクス回路249による3原色信号 R 、 G 及び B への変換処理が施され、 D/A 変換回路251による D/A 変換処理が施された後、ビデオプロセッサ204の映像信号出力端からモニタ205に出力される。

【0156】

10

20

30

40

50

制御回路 215 は、モード切替スイッチ 214 a 或いは 214 b の操作による観察モードの切替或いは選択に応じて、LPF 243 の特性の変更設定、第 1 マトリクス回路 242 のマトリクス係数の変更設定、第 2 マトリクス回路 246 のマトリクス係数の変更設定、及び、セクタ 239 の輝度信号 Yh / Ynb i の選択を行う。

【0157】

また、制御回路 215 は、観察モードの切替に応じて、光源装置 203 のフィルタ挿脱装置 216 の動作を制御する。また、この制御回路 215 は、ホワイトバランス調整時には、ホワイトバランス回路 245 のゲイン設定を行う。

【0158】

次に、本実施形態の内視鏡装置 201 の作用についての説明を行う。

10

【0159】

まず、術者等は、内視鏡装置 201 の各部、すなわち、内視鏡 202、光源装置 203、ビデオプロセッサ 204 及びモニタ 205 の電源を投入し、該各部を起動状態とする。なお、前記起動状態において、内視鏡 202、光源装置 203 及びビデオプロセッサ 204 は、通常観察モードとして設定されているものとする。

【0160】

制御回路 215 は、モード切替スイッチ 214 a または 214 b から出力される観察モード切替信号に基づき、ビデオプロセッサ 204 が通常観察モードから狭帯域観察モードに切り替えられたことを検出すると、狭帯域用フィルタ 224 をランプ 220 の光路上に介挿させるための制御をフィルタ挿脱装置 216 に対して行う。また、制御回路 215 は、モード切替スイッチ 214 a または 214 b から出力される観察モード切替信号に基づき、セクタ 239、第 1 マトリクス回路 242、第 2 の LPF 243、ホワイトバランス回路 245 及び第 2 マトリクス回路 246 の各部に対し、狭帯域観察モードに応じた制御を行う。

20

【0161】

一方、光源装置 203 は、制御回路 215 の制御に基づき、狭帯域用フィルタ 224 の透過率特性に応じた狭帯域照明光をライトガイド 213 に供給する。

【0162】

そして、光源装置 203 により供給された狭帯域照明光は、ライトガイド 213 及び照明レンズ 227 を介して外部に出射され、体腔内の患部等の生体組織の表面を照明する。

30

【0163】

狭帯域照明光により照明された被写体の像は、対物レンズ 228 により結像され、色分離フィルタ 230 により光学的に色分離され、CCD 229 により撮像された後、撮像信号としてビデオプロセッサ 204 に対して出力される。

【0164】

ビデオプロセッサ 204 に対して出力された撮像信号は、CDS 回路 232 により信号成分が抽出され、A/D 変換回路 234 によりデジタル信号に変換され、AGC 回路 238 によりゲイン制御が施された後、Y/C 分離回路 237 に入力される。

【0165】

Y/C 分離回路 237 は、入力されるデジタル信号に基づき、輝度信号 Yh と、色差信号 Cr 及び Cb とを生成する。そして、Y/C 分離回路 237 は、輝度信号 Yh をセクタ 239 及び第 1 の LPF 241 へ出力するとともに、色差信号 Cr 及び Cb を第 2 の LPF 243 へ出力する。

40

【0166】

輝度信号 Yh は、第 1 の LPF 241 によるフィルタリング処理が施された後、輝度信号 Yl として第 1 マトリクス回路 242 へ出力される。また、色差信号 Cr 及び Cb は、第 2 の LPF 243 による（前述した）第 2 の通過帯域特性に基づくフィルタリング処理が施され、同時化回路 244 により同時化された後、第 1 マトリクス回路 242 へ出力される。

【0167】

50

第1マトリクス回路242は、入力される輝度信号Y1と、色差信号Cr及びCbとに応じて3原色信号R1、G1及びB1を生成するとともに、生成した該3原色信号R1、G1及びB1をホワイトバランス回路245に対して出力する。

【0168】

ホワイトバランス回路245は、入力された3原色信号R1、G1及びB1に対してホワイトバランス処理を施すことにより、3原色信号R2、G2及びB2を生成して第2マトリクス回路246へ出力する。

【0169】

第2マトリクス回路246は、入力された3原色信号R2、G2及びB2に対し、例えば、上記数式(3)、数式(4)及び数式(6)に基づく変換処理を施すことにより輝度信号Ynbiと、色差信号R-Y及びB-Yとを生成する。そして、第2マトリクス回路246は、輝度信号Ynbiをセクタ239へ出力するとともに、色差信号R-Y及びB-Yを拡大補間回路247へ出力する。

10

【0170】

セクタ239は、制御回路215の制御に基づいて輝度信号Ynbiを選択し、該輝度信号Ynbiを輝度信号Yselとして拡大補間回路247へ出力する。

【0171】

そして、輝度信号Yselは、拡大補間回路247により拡大処理が施され、強調回路248により鮮鋭度強調の処理が施された後、第3マトリクス回路249に入力される。また、拡大補間回路247により拡大処理が施された色差信号R-Y及びB-Yは、第3マトリクス回路249に入力される。

20

【0172】

そして、輝度信号Yselと、色差信号R-Y及びB-Yとは、第3マトリクス回路249による3原色信号R、G及びBへの変換処理が施され、D/A変換回路251によるD/A変換処理が施された後、ビデオプロセッサ204の映像信号出力端からモニタ205に出力される。

【0173】

以上に述べた一連の処理がビデオプロセッサ204において行われることにより、モニタ205には、狭帯域観察モードにおける被写体の像が画像表示される。そして、狭帯域観察モードの被写体の像として、例えば、図6に示すような、生体内の粘膜表層付近の毛細血管101の像が強調された像と、生体組織とは異なる所定の対象物の像としての、残渣102の像とがモニタ5に画像表示される。なお、残渣102は、生体組織とは異なる所定の対象物として、例えば、胆汁または腸液等であっても良い。

30

【0174】

毛細血管101の像は、前述したマトリックス変換処理がビデオプロセッサ204において行われることにより、例えば、ブラウン色またはブラウン色に近い色の像として画像表示される。また、残渣102の像は、前述したマトリックス変換処理がビデオプロセッサ204において行われることにより、例えば、マゼンタ色またはマゼンタ色に近い色の像として画像表示される。すなわち、第2マトリクス回路246は、前述した変換処理において、残渣102の像における、赤成分の輝度値及び青成分の輝度値が略同じになるように処理を行う。

40

【0175】

以上に述べた作用により、第2の実施形態の内視鏡装置201は、狭帯域光観察において、生体内の粘膜表層付近の毛細血管が強調された像の画像を得ることができるとともに、残渣の像が、血液の色と略同様の赤色とは異なる色の像となった画像を得ることができる。その結果、第2の実施形態の内視鏡装置201は、生体に対する狭帯域光観察が行われる場合に、術者等の負担を軽減することができる。

【0176】

なお、前述した効果と略同様の効果を得るために、第2マトリクス回路246は、例えば、上記数式(3)、数式(5)及び数式(6)に基づく変換処理を行うものであっても

50

良い。

【 0 1 7 7 】

上記数式(3)、数式(5)及び数式(6)に基づく変換処理が行われた場合、上記数式(3)、数式(4)及び数式(6)に基づく変換処理が行われた場合に得られる像と略同様の色を有する残渣102の像がモニタ205に画像表示される。また、上記数式(3)、数式(5)及び数式(6)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、上記数式(3)、数式(4)及び数式(6)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合に得られる像に比べてさらにコントラストの良い毛細血管101の像がモニタ205に画像表示される。

【 0 1 7 8 】

そして、上記数式(3)、数式(4)及び数式(6)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、例えば、図6に示すような局所部位103の像が、ハレーションを起こすことにより、黄色にごく近い色の像としてモニタ205に画像表示されることがある。しかし、上記数式(3)、数式(5)及び数式(6)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合、図6に示すような局所部位103の像は、白色または白色に近い色の像としてモニタ205に画像表示される。

【 0 1 7 9 】

上記数式(3)、数式(5)及び数式(6)に基づくマトリックス変換処理が第2マトリクス回路246において行われることにより、モニタ205には、狭帯域観察モードの被写体の像として、上記数式(3)、数式(4)及び数式(6)に基づくマトリックス変換処理が行われた場合に比べてコントラストの良い毛細血管101の像と、血液の色と略同様の赤色とは異なる色の像である残渣102の像と、白色または白色に近い色の像である局所部位103の像とが画像表示される。

【 0 1 8 0 】

なお、本発明は、上述した各実施形態に限定されるものではなく、発明の趣旨を逸脱しない範囲内において種々の変更や応用が可能であることは勿論である。

【 0 1 8 1 】

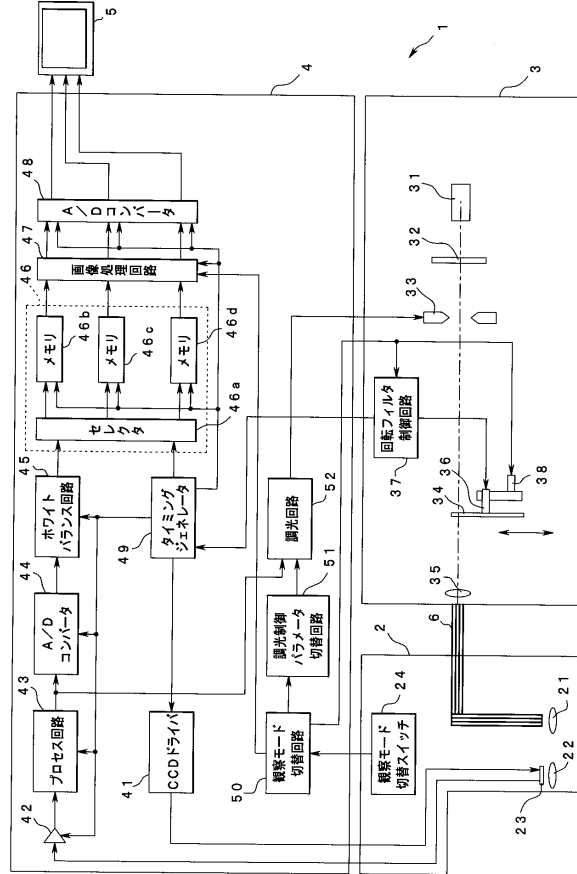
本出願は、2006年4月12日に日本国に出願された特願2006-110187号を優先権主張の基礎として出願するものであり、上記の開示内容は、本願明細書、請求の範囲、図面に引用されたものとする。

10

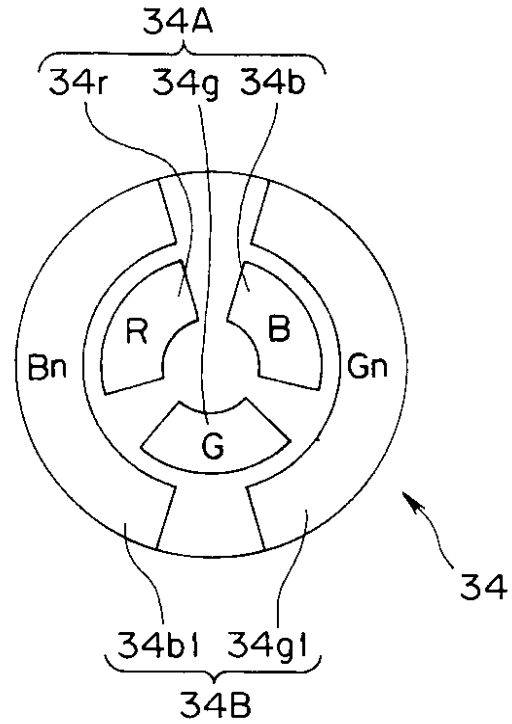
20

30

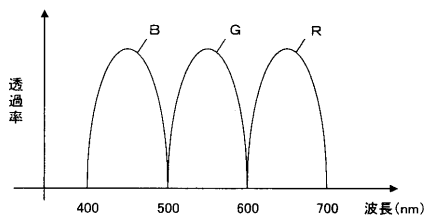
【図 1】



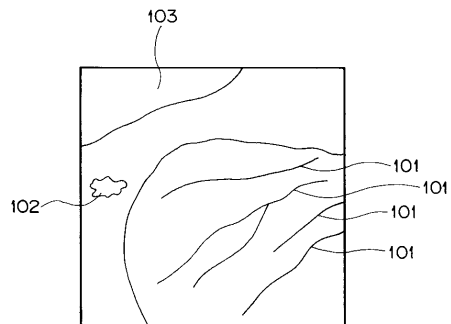
【図 2】



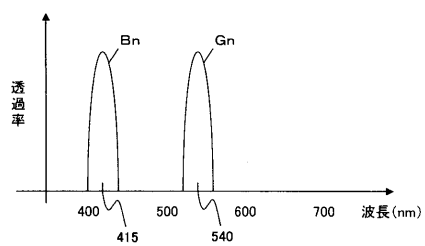
【図 3】



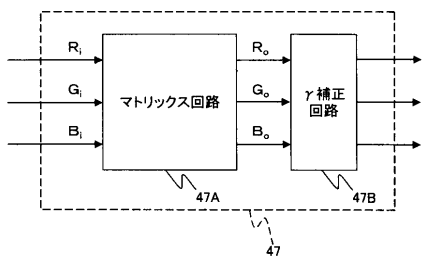
【図 6】



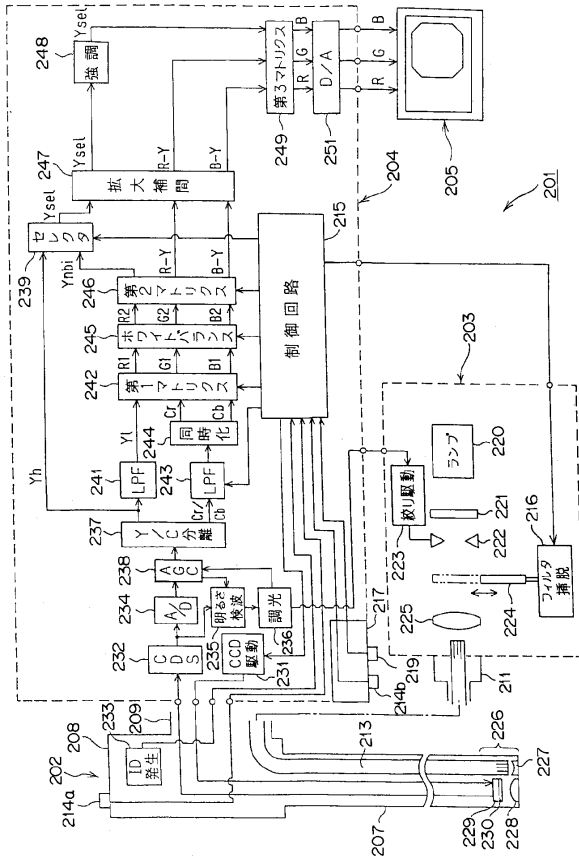
【図 4】



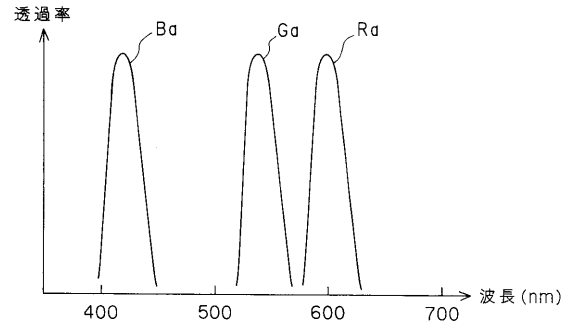
【図 5】



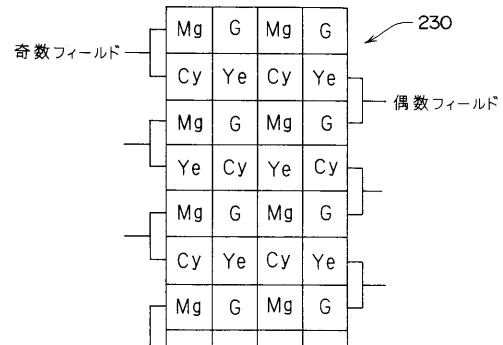
【図 7】



【図 8】



【図 9】



フロントページの続き

(56)参考文献 国際公開第2006/025334(WO,A1)

特開2002-034908(JP,A)

特開2003-093336(JP,A)

(58)調査した分野(Int.Cl.,DB名)

A61B 1/00

G02B 23/24

H04N 7/18

专利名称(译)	内视镜装置		
公开(公告)号	JP4891990B2	公开(公告)日	2012-03-07
申请号	JP2008509731	申请日	2007-03-23
[标]申请(专利权)人(译)	奥林巴斯医疗株式会社		
申请(专利权)人(译)	オリンパスメディカルシステムズ株式会社		
当前申请(专利权)人(译)	オリンパスメディカルシステムズ株式会社		
[标]发明人	五十嵐誠 山崎健二		
发明人	五十嵐 誠 山▲崎▼ 健二		
IPC分类号	A61B1/04 A61B1/06 G02B23/24 H04N7/18 A61B1/00		
CPC分类号	G02B23/2484 A61B1/00009 A61B1/0005 A61B1/063 A61B1/0638 A61B1/0646 A61B1/0653 G02B21/365 G02B23/2469 G02B23/26 G02B26/008		
FI分类号	A61B1/04.370 A61B1/06.A G02B23/24.B H04N7/18.M A61B1/00.300.D		
代理人(译)	伊藤 进		
优先权	2006110187 2006-04-12 JP		
其他公开文献	JPWO2007116663A1		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

根据本发明的内窥镜装置具有照明单元，该照明单元能够向生物体内的对象发射具有蓝色区域中的波长带的第一窄带光和具有绿色区域中的波长带的第二窄带光，图像拾取当用第一窄带光照射活体中的被摄体时拍摄第一被摄体图像的单元，当用第二窄带光照射活体中的被摄体时拍摄第二被摄体图像，存储单元存储第一对象图像作为绿色成分和蓝色成分，并将第二对象图像存储为红色成分和蓝色成分，以及对红色成分，绿色成分执行预定颜色转换处理的色调转换单元和蓝色分量，以形成预定对象的图像，作为具有除红色之外的预定第一颜色的图像。

$$\begin{pmatrix} R_o \\ G_o \\ B_o \end{pmatrix} = \begin{pmatrix} k_1 & 0 \\ 0 & k_2 \\ k_3 & 0 \end{pmatrix} \begin{pmatrix} G_i \\ B_i \end{pmatrix}$$