

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11) 特許出願公開番号

特開2008-86347

(P2008-86347A)

(43) 公開日 平成20年4月17日(2008.4.17)

(51) Int.Cl.	F I	テーマコード (参考)
<b>A 6 1 B</b> 1/04 (2006.01)	A 6 1 B 1/04 3 7 0	2 H 0 4 0
<b>G 0 2 B</b> 23/24 (2006.01)	G 0 2 B 23/24 B	4 C 0 6 1
<b>H 0 4 N</b> 7/18 (2006.01)	H 0 4 N 7/18 M	5 C 0 5 4

審査請求 未請求 請求項の数 3 O L (全 16 頁)

(21) 出願番号	特願2006-267104 (P2006-267104)	(71) 出願人	000005430
(22) 出願日	平成18年9月29日 (2006. 9. 29)		
		(74) 代理人	100073184
			弁理士 柳田 征史
		(74) 代理人	100090468
			弁理士 佐久間 剛
		(72) 発明者	関口 正
			埼玉県さいたま市北区植竹町 1 丁目 3 2 4 番地
			フジノン株式会社内
		F ターム (参考)	2H040 CA02 FA13 GA02 GA05
			4C061 AA00 BB01 CC06 DD00 HH54
			JJ17 NN05 SS21 TT03 TT13
			WW08

最終頁に続く

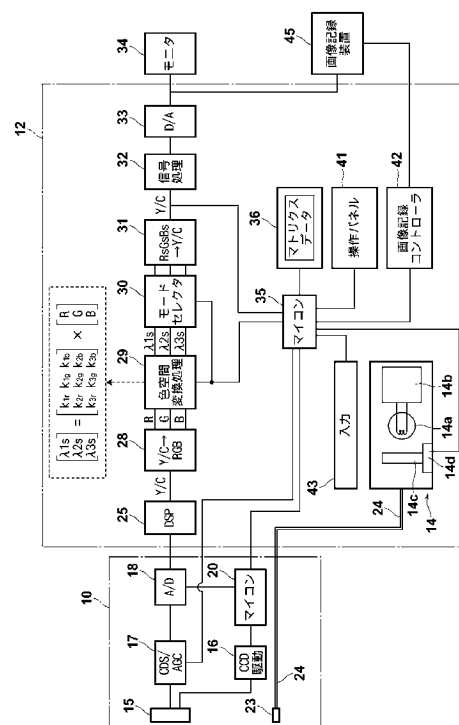
(54) 【発明の名称】 電子内視鏡装置

## (57) 【要約】

【課題】カラー撮像素子の出力画像信号から所定波長域の分光画像を形成する電子内視鏡装置において、被観察体の分光画像をその実物の色相で表示する。

【解決手段】被観察体に白色光を照射する光源 1 4 と、被観察体を撮像するカラー撮像素子 1 5 と、該素子 1 5 が出力した Y (輝度) / C (色差) 信号を変換して得た R、G、B 3 色画像信号から所定波長域の分光画像を形成する分光画像形成回路 2 9 とを有する電子内視鏡装置において、分光画像形成回路 2 9 を、指定された波長域の色で分光画像を示す分光画像信号を生成するように構成する。

【選択図】 図 1



**【特許請求の範囲】****【請求項 1】**

被観察体に白色光を照射する光源と、  
この白色光の照射を受けた前記被観察体を撮像するカラー撮像素子と、  
このカラー撮像素子の出力に基づく R G B 3 色画像信号と、所定のマトリクスデータとの演算により、指定された波長の分光画像を示す分光画像信号を形成する分光画像形成回路とを備えてなる電子内視鏡装置において、

前記分光画像形成回路が前記分光画像信号を、それぞれ前記指定された波長の色で分光画像を示す信号として、互いに異なる少なくとも 3 波長について生成するように構成されたことを特徴とする電子内視鏡装置。

10

**【請求項 2】**

前記指定された波長の色で分光画像を示す分光画像信号を生成するためのマトリクスデータを記憶した記憶手段を備えたことを特徴とする請求項 1 記載の電子内視鏡装置。

**【請求項 3】**

前記分光画像形成回路が前記分光画像信号として、それぞれ固定の色で前記分光画像を示す信号も生成可能とされた上で、

該固定の色で前記分光画像を示す信号と、前記指定された波長の色で分光画像を示す信号とを、選択的に切り換えて出力可能に構成されたことを特徴とする請求項 1 または 2 記載の電子内視鏡装置。

**【発明の詳細な説明】**

20

**【技術分野】****【0001】**

本発明は電子内視鏡装置に関し、特に詳細には、被観察体のカラー画像を担持する画像信号を演算処理することによって、特定の波長域の分光画像（映像）を形成、表示可能とした電子内視鏡装置に関する。

**【背景技術】****【0002】**

固体撮像素子を用いた電子内視鏡装置の分野では、近年、胃粘膜等の消化器官における分光反射率に基づいて、狭帯域バンドパスフィルタを組み合わせた分光イメージングを行う装置、すなわち狭帯域フィルタ内蔵電子内視鏡装置(Narrow Band Imaging-NBI)が注目されている。この装置は、面順次式の R（赤）、G（緑）、B（青）の回転フィルタの代わりに、3つの狭（波長）帯域のバンドパスフィルタを設け、これら狭帯域バンドパスフィルタを介して照明光を順次出力し、これらの照明光で得られた3つの信号に対しそれぞれの重み付けを変えながら R、G、B（RGB）信号の場合と同様の処理を行うことにより、分光画像を形成するものである。このような分光画像によれば、胃、大腸等の消化器において、従来では得られなかった微細構造等が抽出される。

30

**【0003】**

一方、上記の狭帯域バンドパスフィルタを用いる面順次式のものではなく、特許文献 1、2 や非特許文献 1 に示されるように、固体撮像素子に微小モザイクの色フィルタを配置する同時式において、白色光が照射された被観察体を撮像して得た画像信号を基に、演算処理にて分光画像を形成することが提案されている。これは、RGB のそれぞれのカラー感度特性を数値データ化したものと、特定の狭帯域バンドパスの分光特性を数値データ化したものとの関係をマトリクスデータ（係数セット）として求め、このマトリクスデータと RGB 信号との演算により、狭帯域バンドパスフィルタを介して得られる分光画像を推定した分光画像信号を得るものである。このような演算によって分光画像を形成する場合は、所望の波長域に対応した複数のフィルタを用意する必要がなく、またこれらの交換配置が不要となるので、装置の大型化が避けられ、低コスト化を図ることができる。

40

**【特許文献 1】** 特公平 7 - 96005 号公報

**【特許文献 2】** 特開 2003 - 93336 号公報

**【非特許文献 1】** 三宅洋一著「デジタルカラー画像の解析・評価」東京大学出版会、

50

2000年、p. 148 ~ 153

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

【0004】

しかし、上述の演算によって分光画像を得る従来の電子内視鏡装置は、分光画像をモノクロ画像として表示したり、あるいは予め指定した特定の3色を基に構成されるカラー画像として表示するように構成されていたので、例えば正常な部分と病巣部分との区別は明確になるものの、表示部位が実際とは異なる色で表示されることもあり、その点が、装置を使い慣れていない医師等には戸惑いを感じさせるものとなっていた。

【0005】

本発明は上記の問題点に鑑みてなされたものであり、前述の演算によって分光画像を得るようにした電子内視鏡装置において、分光画像中の部位を、実際と同じような色相で表示可能にすることを目的とする。

【課題を解決するための手段】

【0006】

本発明による電子内視鏡装置は、  
被観察体に白色光を照射する光源と、  
この白色光の照射を受けた前記被観察体を撮像するカラー撮像素子と、  
このカラー撮像素子の出力に基づくRGB3色画像信号と、所定のマトリクスデータとの演算により、指定された波長の分光画像を示す分光画像信号を形成する分光画像形成回路とを備えてなる電子内視鏡装置において、

前記分光画像形成回路が前記分光画像信号を、それぞれ前記指定された波長の色で分光画像を示す信号として、互いに異なる少なくとも3波長について生成するように構成されたことを特徴とするものである。

【0007】

なお上記の3波長はそれぞれ、赤、緑、青領域の波長であることが望ましい。

【0008】

また前記指定された波長の色で分光画像を示す分光画像信号を生成するためのマトリクスデータは、予め作成されて記憶手段に記憶されていることが望ましい。

【0009】

また前記分光画像形成回路は、前記分光画像信号として、それぞれ固定の色で前記分光画像を示す信号も生成可能とされた上で、該固定の色で前記分光画像を示す信号と、前記指定された波長の色で分光画像を示す信号とを、選択的に切り換えて出力可能に構成されることが望ましい。

【発明の効果】

【0010】

本発明の電子内視鏡装置においては、分光画像形成回路が、互いに異なる少なくとも3波長についての分光画像信号を生成するように構成されているので、これらの分光画像信号に基づけば、カラーの分光画像を形成することができる。そしてこれらの分光画像信号は、それぞれ指定された波長の色で分光画像を示す信号とされているので、該分光画像信号に基づいてディスプレイ手段に表示されたり、あるいは画像記録手段で記録されたりする分光画像は、カラー撮像素子によって撮像された部分を、基本的に実物と同じ色相で示すものとなる。

【0011】

また本発明の電子内視鏡装置において、特に上記のようなマトリクスデータが予め作成されて記憶手段に記憶されている場合は、この演算処理を迅速に行って分光画像を短時間で表示あるいは記録可能となる。

【0012】

また本発明の電子内視鏡装置において、特に分光画像形成回路が、分光画像信号として、それぞれ固定の色で分光画像を示す信号も生成可能とされた上で、該固定の色で分光画

10

20

30

40

50

像を示す信号と、前記指定された波長の色で分光画像を示す信号とを、選択的に切り換えて出力可能に構成された場合は、分光画像を医師等の要求に応じて、上述のように実物と同じ色相で表示または記録したり、あるいは固定の色相で表示または記録することを随意に選択実行可能となる。

【発明を実施するための最良の形態】

【0013】

以下、図面を参照して本発明の実施形態を詳細に説明する。

【0014】

図1は、本発明の一実施形態による電子内視鏡装置の基本構成を示すものである。本実施形態の電子内視鏡装置は、後述のようにして形成される被観察体の分光画像を表示するモードと、被観察体の通常画像を表示するモードのどちらかに設定され、さらに分光画像表示モード下では、分光画像を固定の3色画像信号に基づくカラー画像として表示するモードと、実物通りの（実物に近い）色相で被観察体を示すカラー画像として表示するモードの一方に選択的に設定されるように構成されている。最初に、分光画像表示モードおよびそのための構成について説明する。

10

【0015】

図示の通りこの電子内視鏡装置は、スコープ10すなわち内視鏡本体部分と、このスコープ10が着脱自在に接続されるプロセッサ装置12とから構成され、プロセッサ装置12内には白色光を発する光源装置14が配置されている。スコープ10の先端には照明窓23が設けられ、この照明窓23には、一端が上記光源装置14に接続されたライトガイド24の他端が対面している。なお光源装置14は、プロセッサ装置12とは別体の部分に配置されてもよい。

20

【0016】

上記スコープ10の先端部には、固体撮像素子であるCCD15が設けられている。このCCD15としては、例えば撮像面にMg（マゼンタ）、Ye（イエロー）、Cy（シアン）、G（グリーン）の色フィルタを有する補色型、あるいはRGBの色フィルタを有する原色型が用いられる。

【0017】

CCD15には、同期信号に基づいて駆動パルスを形成するCCD駆動回路16が接続されると共に、このCCD15が出力した画像（映像）信号をサンプリングして増幅するCDS/AGC（相関二重サンプリング/自動利得制御）回路17が接続されている。またCDS/AGC回路17には、そのアナログ出力をデジタル化するA/D変換器18が接続されている。さらにスコープ10内には、そこに設けられた各種回路を制御するとともに、プロセッサ装置12との間の通信制御を行うマイコン20が配設されている。

30

【0018】

一方プロセッサ装置12には、A/D変換器18によりデジタル化された画像信号に対して各種の画像処理を施すDSP（デジタル信号プロセッサ）25が設けられている。このDSP25は、上記画像信号から輝度（Y）信号と色差[C（R-Y，B-Y）]信号で構成されるY/C信号を生成し、それを出力するものであり、該DSP25には第1色変換回路28が接続されている。この第1色変換回路28は、DSP25から出力されたY/C信号をR、G、Bの3色画像信号に変換する。なお、DSP25はスコープ10側に配置してもよい。

40

【0019】

上記第1色変換回路28の後段側には、分光画像形成のためのマトリクス演算を行って、選択された波長域1，2，3による分光画像を示す画像信号を出力する色空間変換処理回路29、1つの狭波長帯域の分光画像を形成する単色モードと、3つの波長域からなる分光画像を形成する3色モードとのいずれかを選択するモードセレクタ30、1つの波長域または3つの波長域の画像信号1s，2s，3sを、RGB信号に対応させた処理をするためにRs，Gs，Bs信号として入力し、このRs，Gs，Bs信号をY/C信号に変換する第2色変換回路31、鏡像処理，マスク発生，キャラクタ発生等の

50

その他の各種信号処理を行う信号処理回路 32、および D/A 変換器 33 が逐次この順に接続されている。そして最後段の D/A 変換器 33 は、プロセッサ装置 12 外に配置された例えば液晶表示装置や CRT 等からなるモニタ 34 および、光走査記録装置等からなる画像記録装置 45 に接続されている。なお、モードセクタ 30 が選択する 3 色モードに代えて、2 つの波長域からなる分光画像を形成する 2 色モードを設定するようにしてもよい。

【0020】

またプロセッサ装置 12 内には、スコープ 10 との間の通信を行うと共に、該装置 12 内の各回路を制御し、またメモリ 36 に記憶されているマトリクス（係数）データを上記色空間変換処理回路 29 に入力する等の機能を有するマイコン 35 が設けられている。上記メモリ 36 には、RGB 信号に基づいて分光画像を形成するためのマトリクスデータがテーブルの形で記憶されている。本実施形態において、このメモリ 36 に格納されているマトリクスデータの一例は次の表 1 のようになる。

【表 1】

パラメータ	$k_{pr}$	$k_{pg}$	$k_{pb}$
<b>p1</b>	<b>0.000083</b>	<b>-0.00188</b>	<b>0.003592</b>
<b>⋮</b>	<b>⋮</b>	<b>⋮</b>	<b>⋮</b>
<b>p18</b>	<b>-0.00115</b>	<b>0.000569</b>	<b>0.003325</b>
<b>p19</b>	<b>-0.00118</b>	<b>0.001149</b>	<b>0.002771</b>
<b>p20</b>	<b>-0.00118</b>	<b>0.001731</b>	<b>0.0022</b>
<b>p21</b>	<b>-0.00119</b>	<b>0.002346</b>	<b>0.0016</b>
<b>p22</b>	<b>-0.00119</b>	<b>0.00298</b>	<b>0.000983</b>
<b>p23</b>	<b>-0.00119</b>	<b>0.003633</b>	<b>0.000352</b>
<b>⋮</b>	<b>⋮</b>	<b>⋮</b>	<b>⋮</b>
<b>p43</b>	<b>0.003236</b>	<b>0.001377</b>	<b>-0.00159</b>
<b>p44</b>	<b>0.003656</b>	<b>0.000671</b>	<b>-0.00126</b>
<b>p45</b>	<b>0.004022</b>	<b>0.000068</b>	<b>-0.00097</b>
<b>p46</b>	<b>0.004342</b>	<b>-0.00046</b>	<b>-0.00073</b>
<b>p47</b>	<b>0.00459</b>	<b>-0.00088</b>	<b>-0.00051</b>
<b>p48</b>	<b>0.004779</b>	<b>-0.00121</b>	<b>-0.00034</b>
<b>p49</b>	<b>0.004922</b>	<b>-0.00148</b>	<b>-0.00018</b>
<b>p50</b>	<b>0.005048</b>	<b>-0.00172</b>	<b>-0.000036</b>
<b>p51</b>	<b>0.005152</b>	<b>-0.00192</b>	<b>0.000088</b>
<b>p52</b>	<b>0.005215</b>	<b>-0.00207</b>	<b>0.000217</b>
<b>⋮</b>	<b>⋮</b>	<b>⋮</b>	<b>⋮</b>
<b>p61</b>	<b>0.00548</b>	<b>-0.00229</b>	<b>0.00453</b>
<b>P1</b>	<b>1.00000</b>	<b>0.00000</b>	<b>0.00000</b>
<b>P2</b>	<b>0.00000</b>	<b>1.00000</b>	<b>0.00000</b>
<b>P3</b>	<b>0.00000</b>	<b>0.00000</b>	<b>1.00000</b>

## 【0021】

この表1のマトリクスデータは、例えば400nmから700nmの波長域を5nm間隔で分けた61の波長域パラメータ(係数セット)p1～p61および、通常画像形成のためのパラメータP1～P3からなる。パラメータp1～p61は各々、マトリクス演算のための係数 $k_{pr}$ 、 $k_{pg}$ 、 $k_{pb}$ ( $p=1\sim61$ )から構成され、他方パラメータP1は係数(1.00000, 0.00000, 0.00000)から、パラメータP2は(係数0.00000, 1.00000, 0.00000)から、パラメータP3は係数(0.00000, 0.00000, 1.00000)からそれぞれ構成されている。

## 【0022】

そして色空間変換処理回路29において、上記係数 $k_{pr}$ 、 $k_{pg}$ 、 $k_{pb}$ と第1色変

10

20

30

40

50

換回路 28 から出力された R G B 信号とにより次式で示すマトリクス演算が行われて、分光画像信号  $1s$  ,  $2s$  ,  $3s$  が形成される。

【数 1】

$$\begin{bmatrix} \lambda 1 \\ \lambda 2 \\ \lambda 3 \end{bmatrix} = \begin{bmatrix} k_{1r} & k_{1g} & k_{1b} \\ k_{2r} & k_{2g} & k_{2b} \\ k_{3r} & k_{3g} & k_{3b} \end{bmatrix} \times \begin{bmatrix} R \\ G \\ B \end{bmatrix}$$

【0023】

10

すなわち、分光画像を構成する波長域  $1$  ,  $2$  ,  $3$  としてそれぞれ例えば  $500\text{nm}$  ,  $620\text{nm}$  ,  $650\text{nm}$  が選択される場合は、係数 ( $k_{pr}$  ,  $k_{pg}$  ,  $k_{pb}$ ) として、表 1 の 61 のパラメータのうち、中心波長  $500\text{nm}$  に対応するパラメータ  $p21$  の係数 ( $-0.00119$  ,  $0.002346$  ,  $0.0016$ )、中心波長  $620\text{nm}$  に対応するパラメータ  $p45$  の係数 ( $0.004022$  ,  $0.000068$  ,  $0.00097$ )、および中心波長  $650\text{nm}$  に対応するパラメータ  $p51$  の係数 ( $0.005152$  ,  $-0.00192$  ,  $0.000088$ ) を用いて上記マトリクス演算がなされる。

【0024】

なお色空間変換処理回路 29 は、後述するようにして通常画像表示あるいは記録の指示が与えられた際には、パラメータ  $P1 \sim P3$  の係数を用いて上記マトリクス演算を行う。したがってその場合は、第 1 色変換回路 28 から出力された R G B 信号がそのまま該色空間変換処理回路 29 から出力される。

20

【0025】

マイコン 35 には前記メモリ 36 に加えて、操作パネル 41、画像記録コントローラ 42、およびキーボード等からなる入力部 43 が接続されている。図 2 は上記操作パネル 41 を詳しく示すものであり、該操作パネル 41 には、併せて概略図示する例えば  $a \sim h$  の波長セットを選択するためのセット選択スイッチ 41a、波長域  $1$  ,  $2$  ,  $3$  のそれぞれの中心波長を選択するため波長選択スイッチ 41b、この波長選択スイッチ 41b によりなされる波長切換えの幅を設定する切換え幅設定スイッチ 41c、前述した単色モードと 3 色モードとの切換えを行う単色 - 3 色モード切換えスイッチ 41d および、分光画像形成を指示する分光画像形成スイッチ 41j が設けられている。

30

【0026】

なお上記分光画像形成スイッチ 41j は、スコープ 10 側に設けることもできる。また、この分光画像形成スイッチ 41j の下側には、固定色モードスイッチ 41e および実色モードスイッチ 41f が設けられているが、それらについては後述する。

【0027】

以下、上記構成を有する本実施形態の電子内視鏡装置の作用について説明する。まず分光画像形成スイッチ 41j が押された場合、つまり分光画像の形成から説明する。

【0028】

この分光画像を形成する際には、図 1 に示す光源装置 14 が駆動され、そこから発せられた白色光がライトガイド 24 に入射し、スコープ 10 内に配されたライトガイド 24 の先端から出射した白色光が被観察体に照射される。そして、C C D 駆動回路 16 によって駆動された C C D 15 がこの被観察体を撮像し、撮像信号を出力する。この撮像信号は C D S / A G C 回路 17 で相関二重サンプリングと自動利得制御による増幅を受けた後、A / D 変換器 18 で A / D 変換されて、デジタル信号としてプロセッサ装置 12 の D S P 25 に入力される。

40

【0029】

D S P 25 では、スコープ 10 からの出力信号に対してガンマ処理が行われると共に、M g , Y e , C y , G の色フィルタを介して得られた信号に対して色変換処理が行われ、前述の通りの Y / C 信号が形成される。この D S P 25 が出力する Y / C 信号は第 1 色変

50

換回路 28 に入力され、そこで R G B 信号に変換される。この R G B 信号は色空間変換処理回路 29 に入力され、この色空間変換処理回路 29 において R G B 信号とマトリクスデータとにより、分光画像形成のためのマトリクス演算がなされる。

#### 【0030】

以下、この演算について詳しく説明する。図 2 に示す操作パネル 41 の分光画像形成スイッチ 41j が押された場合、色空間変換処理回路 29 は前述のメモリ 36 に記憶されているマトリクスデータを用いて、それと各画素毎の R G B 信号とにより、分光画像形成のための前記(数 1)式のマトリクス演算を行う。すなわち、この場合は操作パネル 41 の操作によって 1, 2, 3 の 3 つの波長域が設定され、マイコン 35 はそれらの 3 つの選択波長域に対応するマトリクスデータをメモリ 36 から読み出し、それらを色空間変換処理回路 29 に入力する。

10

#### 【0031】

例えば、3 つの波長域 1, 2, 3 として波長 500 nm, 620 nm, 650 nm が選択された場合は、それぞれの波長に対応する(表 1)のパラメータ p21, p45, p51 の係数が用いられ、各画素毎の R G B 信号から次の(数 2)式のマトリクス演算によって分光画像信号 1s, 2s, 3s が形成される。

#### 【数 2】

$$\begin{bmatrix} \lambda 1s \\ \lambda 2s \\ \lambda 3s \end{bmatrix} = \begin{bmatrix} -0.00119 & 0.002346 & 0.0016 \\ 0.004022 & 0.000068 & -0.00097 \\ 0.005152 & -0.00192 & 0.000088 \end{bmatrix} \times \begin{bmatrix} R \\ G \\ B \end{bmatrix}$$

20

#### 【0032】

なお、図 2 の単色 - 3 色モード切換えスイッチ 41d に接続されたモードセクタ 30 にて 3 色モードが選択されている場合は、上記分光画像信号 1s, 2s, 3s が各々 Rs, Gs, Bs の 3 色画像信号として第 2 色変換回路 31 に入力され、また単色モードが選択されている場合は分光画像信号 1s, 2s, 3s のいずれか 1 つが Rs, Gs, Bs の信号として第 2 色変換回路 31 に入力される。以下、上記 3 色モードが選択されている場合について詳しく説明する。

30

#### 【0033】

上記第 2 色変換回路 31 では、Rs, Gs, Bs の 3 色画像信号が Y / C 信号(Y, Rs - Y, Bs - Y)に変換され、この Y / C 信号が信号処理回路 32 および D / A 変換器 33 を介して前述のモニタ 34 および画像記録装置 45 へ入力される。

#### 【0034】

上記 Y / C 信号に基づいてモニタ 34 に表示される分光画像は、図 4 および図 5 で示すような波長域の色成分で構成されるカラー画像となる。すなわち図 4 は、原色型 C C D 15 の色フィルタの分光感度特性 R, G, B に、分光画像を形成する 3 つの波長域 1, 2, 3 を重ねた概念図であり、また図 5 は、生体の反射スペクトルに 3 つの波長域 1, 2, 3 を重ねた概念図である。先に例示したパラメータ p21, p45, p51 による分光画像信号 1s, 2s, 3s は、図 5 に示されるように各々 500 nm、620 nm、650 nm を中心波長とする ± 10 nm 程度の範囲の波長域の分光画像を示す信号であり、これら 3 つの信号の組合せから構成されるカラー分光画像(動画あるいは静止画)が表示あるいは記録されることになる。

40

#### 【0035】

なおこのようなカラー分光画像は、図 2 に示す固定色モードスイッチ 41e が押されている場合は、固定の 3 色画像信号に基づくカラー画像となり、その一方、同図に示す実色モードスイッチ 41f が押されている場合は被観察体を実物の色(実物に近い色)で表示あるいは記録するカラー画像となるが、その点については後に詳しく説明する。

#### 【0036】

50



次に、上記波長域 1, 2, 3 の選択について説明する。本実施形態では図 2 に示すように、1, 2, 3 の波長セットとして、例えば 400, 500, 600 (nm、以下同様) の標準セット a、血管を描出するための 470, 500, 670 の血管 B1 セット b、同じく血管を描出するための 475, 510, 685 の血管 B2 セット c、特定組織を描出するための 440, 480, 520 の組織 E1 セット d、同じく特定組織を描出するための 480, 510, 580 の組織 E2 セット b、オキシヘモグロビンとデオキシヘモグロビンとの差を描出するための 400, 430, 475 のヘモグロビンセット f、血液とカロテンとの差を描出するための 415, 450, 500 の血液 カロテンセット g、血液と細胞質の差を描出するための 420, 550, 600 の血液 細胞質セット h の 8 つの波長セットが、デフォルト波長セットとして、図 1 に示すメモリ 36 の一部に記憶されている。

#### 【0037】

電子内視鏡装置の工場出荷後、最初に電源を入れて装置を立ち上げると、上記デフォルト波長セットがマイコン 35 によって選択される。そして、図 2 に示す操作パネル 41 の分光画像形成スイッチ 41j が押されると、上記選択された波長セットの中の標準セット a が、図 3 のモニタ 34 において波長情報表示領域 34s に表示される。このとき、モード切換えスイッチ 41d が押されて 3 色モードが選択されていれば、標準セット a の 1 = 400 nm, 2 = 500 nm, 3 = 600 nm に対応する各パラメータがメモリ 36 から読み出され、それらのパラメータが色空間変換処理回路 29 に入力される。色空間変換処理回路 29 は、こうして入力されたパラメータを用いて前述のマトリクス演算を行う。

#### 【0038】

また臨床医師等の装置操作者は、図 2 の操作パネル 41 に有るセット選択スイッチ 41a を操作することにより、デフォルト波長セットにおけるその他の波長セット b ~ h を任意に選択することができ、マイコン 35 はこうして選択された波長セットを、図 3 のモニタ 34 において波長情報表示領域 34s に表示させる。それとともにこの場合も、選択された波長セットの波長域 1, 2, 3 に対応する各パラメータがマイコン 35 によってメモリ 36 から読み出され、それらのパラメータが色空間変換処理回路 29 に入力される。色空間変換処理回路 29 は、こうして入力されたパラメータを用いて前述のマトリクス演算を行う。

#### 【0039】

なおセット選択スイッチ 41a は図 2 に示す通り、上向きの三角形の操作部を有する上行スイッチと、下向きの三角形の操作部を有する下行スイッチとからなり、前者が 1 回押される毎に波長セットは a h g . . . と逐次選択され、それに対して後者が 1 回押される毎に波長セットは a b c . . . と逐次選択される。

#### 【0040】

また、上記波長セット a ~ h のうちの 1 つが選択されているとき、操作者が波長選択スイッチ 41b を操作することにより、その選択されている波長セットの波長域 1, 2, 3 のそれぞれを任意の値に変更することができる。この波長域の変更に際しては、波長切換え幅を、切換え幅設定スイッチ 41c によって変えることができる。すなわち、切換え幅設定スイッチ 41c のツマミを回転させることにより、連続的切換えに近い 1 nm 幅、ステップ切換えである 5 nm 幅、10 nm 幅、20 nm 幅というように、連続的または段階的な切換えを設定することができる。なお、例えば 1 nm 幅で切り換える場合は、400 ~ 700 nm の範囲において 301 の波長域を設定し、この 301 の波長域に対応したマトリクスデータ (p 1 ~ p 301) を作成することになる。

#### 【0041】

図 6 はこの波長域の選択を示すものであり、上記 5 nm 幅を設定したときは、1 の切換えで示されるように、400 405 410 というように切り換えられ、上記 20 nm 幅を設定したときは、3 の切換えで示されるように、600 620 640 というように切り換えられ、この値がモニタ 34 の波長情報表示領域 34s に表示される。

## 【 0 0 4 2 】

図 3 には、上記波長情報表示領域 3 4 s における表示状態を詳しく示してある。本実施形態では、前記信号処理回路 3 2 内のキャラクタ発生等によって、図 3 ( A ) に示すように、モニタ 3 4 の右下部等に設定された波長情報表示領域 3 4 s に波長情報が表示される。すなわち、この波長情報表示領域 3 4 s には、図 3 ( B ) に示すように、 1 , 2 , 3 等の文字の下に、選択された波長の値 ( nm ) が表示される。あるいは図 3 ( C ) に示すように、横軸を波長目盛、縦軸を感度とし、選択された波長域を可動グラフ ( 図 4 に対応したもの ) でビジュアル表示してもよい。

## 【 0 0 4 3 】

図 2 に示すモード切換えスイッチ 4 1 d は単色モードと 3 色モードの切換えを行うものであり、3 色モード動作時にこのモード切換えスイッチ 4 1 d を押すと、単色モードへ切り換えられ、マイコン 3 5 により波長域 1 , 2 , 3 の全てが、4 7 0 , 4 7 0 , 4 7 0 というように同一の値に設定される。そしてモニタ 3 4 には、図 7 に示すように、共通の波長域が表示される。なおこの共通の波長域についても、上記波長選択スイッチ 4 1 b によって任意の値を選択することができる。

## 【 0 0 4 4 】

ここで、上記 8 つの波長セットとして、前述したようなデフォルト波長セットの他に、装置使用者である医師の要望等に応じて別のセットを用意し、それらをメモリに記憶しておいて適宜選択使用できるようにしてもよい。また、上記の操作パネル 4 1 上のスイッチ類の一部機能をキーボードのキー機能に置き換えたり、全部の機能をキーボードのキー機能に置き換えたりしてもよい。

## 【 0 0 4 5 】

次に、分光画像を固定の 3 色に基づいてカラー表示するモードと、被観察体の実物の色 ( 実物に近い色 ) でカラー表示するモードに関して説明する。まず前者のモード、つまり図 2 に示す固定色モードスイッチ 4 1 e が押されている場合について説明する。この場合、色空間変換処理回路 2 9 は分光画像信号 1 s , 2 s , 3 s を、波長 1 , 2 , 3 の如何に拘わらず、それぞれ固定の色 ( 例えば 4 0 0 nm , 5 0 0 nm , 6 0 0 nm 等の波長の色 ) に対応した R s , G s , B s の信号として第 2 色変換回路 3 1 に入力する。それにより、モニタ 3 4 に表示され、あるいは画像記録装置 4 5 で記録される分光画像は、上記固定の 3 色に基づいて構成されるカラー画像となる。なお、モードセクタ 3 0 30 にて単色モードが選択されている場合は、上記固定の 3 色のうちの 1 つによって分光画像を示す分光画像信号 1 s , 2 s または 3 s が R s , G s または B s の信号として第 2 色変換回路 3 1 に入力される。

## 【 0 0 4 6 】

次に、図 2 に示す実色モードスイッチ 4 1 f が押されている場合について説明する。この場合、色空間変換処理回路 2 9 は分光画像信号 1 s , 2 s , 3 s を、それぞれ波長 1 , 2 , 3 の色で分光画像を示す R s , G s , B s の信号として第 2 色変換回路 3 1 に入力する。それにより、モニタ 3 4 に表示され、あるいは画像記録装置 4 5 で記録される分光画像は、CCD 1 5 によって撮像された被観察体の部分を、基本的に実物と同じ色相で示すものとなる。

## 【 0 0 4 7 】

以下、このような実色モードを実現する分光画像信号 1 s , 2 s , 3 s の生成について詳しく説明する。先に述べた固定色モードにおいては色空間変換処理回路 2 9 が、( 数 2 ) 式のマトリクス演算によって形成した分光画像信号 1 s , 2 s , 3 s をそれぞれ、例えば 4 0 0 nm、5 0 0 nm、6 0 0 nm の波長色の輝度 ( 画像表示の場合 ) を担持する R s , G s , B s の 3 色画像信号として出力するが、この実色モードの場合は、R s , G s , B s を同様に例えば 4 0 0 nm、5 0 0 nm、6 0 0 nm の波長色の輝度を担持するものとしたとき、色空間変換処理回路 2 9 は分光画像信号 1 s , 2 s , 3 s をそれぞれ次の演算により形成して出力する。

## 【 0 0 4 8 】

10

20

30

40

50

$$1s = aRs + bGs + cBs$$

$$2s = dRs + eGs + fBs$$

$$3s = gRs + hGs + iBs$$

上記 9 個の係数  $a \sim i$  は下記の通りにして定められて、例えば前記メモリ 36 に波長 1, 2, 3 の組み合わせ毎にテーブルの形で記憶されており、上記演算に際してはそれらがマイコン 35 によって読み出され、色空間変換処理回路 29 に入力される。これらの係数  $a \sim i$  が波長 1, 2, 3 の組み合わせ毎に適切に定められていれば、モニタ 34 に表示され、あるいは画像記録装置 45 で記録される分光画像が、CCD 15 によって撮像された被観察体の部分を、基本的に実物と同じ色相で示すものとなる。

【0049】

10

次に、上記係数  $a \sim i$  を求める方法について説明する。ここでは、等色関数を用いて、三刺激値 ( $X, Y, Z$ ) が同じであれば、例えばモニタ 34 に表示される画像中の部分が実物と同じ色相で表示され则认为。以下、ベクトルを小文字、行列を大文字で示すものとし、波長  $\lambda$  についての等色関数を

【数 3】

$$\bar{x}(\lambda), \bar{y}(\lambda), \bar{z}(\lambda)$$

【0050】

とし、またモニタ 34 の発色を

20

【数 4】

$$\bar{r}(\lambda), \bar{g}(\lambda), \bar{b}(\lambda)$$

【0051】

とする。そして前述の 3 つの波長 1, 2, 3 における色度をそれぞれ ( $x_1, y_1, z_1$ )、( $x_2, y_2, z_2$ )、( $x_3, y_3, z_3$ ) とする。

【0052】

色度値が同じであれば人間の目には同じ色として見えるので、上記 9 つの係数  $a \sim i$  により下記式が成立すれば、モニタ 34 に表示される画像中の部分が実物と同じ色相で表示される。

30

【数 5】

$$\begin{pmatrix} \bar{x}(\lambda) \\ \bar{y}(\lambda) \\ \bar{z}(\lambda) \end{pmatrix} \begin{pmatrix} \bar{r}(\lambda) & \bar{g}(\lambda) & \bar{b}(\lambda) \end{pmatrix} \begin{pmatrix} a & d & g \\ b & e & h \\ c & f & i \end{pmatrix} = \begin{pmatrix} x_1 & x_2 & x_3 \\ y_1 & y_2 & y_3 \\ z_1 & z_2 & z_3 \end{pmatrix}$$

40

【0053】

ここで

【数 6】

$$\begin{pmatrix} \bar{x}(\lambda) & \bar{y}(\lambda) & \bar{z}(\lambda) \end{pmatrix} = \mathbf{A} \quad \begin{pmatrix} \bar{r}(\lambda) & \bar{g}(\lambda) & \bar{b}(\lambda) \end{pmatrix} = \mathbf{B}$$

$$\begin{pmatrix} a & d & g \\ b & e & h \\ c & f & i \end{pmatrix} = \mathbf{C} \quad \begin{pmatrix} x_1 & x_2 & x_3 \\ y_1 & y_2 & y_3 \\ z_1 & z_2 & z_3 \end{pmatrix} = \mathbf{D}$$

10

【0054】

とし、転置を $\sim$ で表すと、

【数 7】

$$\tilde{\mathbf{A}}\mathbf{B}\mathbf{C} = \mathbf{D} \quad \therefore \mathbf{C} = (\tilde{\mathbf{A}}\mathbf{B})^{-1} \mathbf{D}$$

20

【0055】

で、

【数 8】

$$\tilde{\mathbf{A}}\mathbf{B}$$

30

【0056】

は $3 \times 3$ となって、逆行列が存在することになる。したがって

【数 9】

既知の $\mathbf{A}, \mathbf{B}, \mathbf{D}$ , に基づいて、係数行列 $\mathbf{C}$ を  
(つまり係数 $a \sim i$ を)

$$\mathbf{C} = (\tilde{\mathbf{A}}\mathbf{B})^{-1} \mathbf{D}$$

40

【0057】

として求めることができる。ただし、

【数 1 0】

C

【0058】

の要素に負は無いので、計算の結果生じた負の要素は強制的に 0（ゼロ）として係数  $a \sim j$  を求める。

10

【0059】

なお、以上は 3 色の画像信号  $1s$ 、 $2s$ 、 $3s$  に基づいてカラー画像を表示あるいは記録する場合について説明したが、4 色以上の画像信号に基づいてカラー画像を表示あるいは記録する場合も、基本的には同様の考えに基づいて、分光画像を実物と同じ色相で示す信号を形成することができる。

【0060】

次に、被観察体の通常画像を表示するモードについて説明する。以上述べたようにして分光画像が形成、表示されているときに、図 2 に示した操作パネル 41 の分光画像形成スイッチ 41j が再度押された場合、あるいは最初から分光画像形成スイッチ 41j が押されない場合は、色空間変換処理回路 29 におけるマトリクス演算の係数として、前述のパラメータ  $P1 \sim P3$  の係数が選択され、それにより該色空間変換処理回路 29 からは第 1 色変換回路 28 が出力した RGB 信号がそのまま出力される。そしてこの RGB 信号が第 2 色変換回路 31 で Y/C 信号に変換され、この Y/C 信号が信号処理回路 32 および D/A 変換器 33 を介してモニタ 34 へ入力されるので、該モニタ 34 においては被観察体の通常カラー画像（動画あるいは静止画）が表示される。

20

【0061】

なお本実施形態においては、上記 D/A 変換器 33 の出力がモニタ 34 の他に画像記録装置 45 にも入力されるようになっており、マイコン 35 によって制御される画像記録コントローラ 42 が画像記録装置 45 に画像記録の指示を与えた場合は、その指示で指定されたシーンの通常カラー画像あるいは分光画像のハードコピーがこの画像記録装置 45 から出力される。

30

【0062】

なお従来の内視鏡では、被観察体にインディゴやピオクタニン等の色素散布を行い、色素散布によって着色した組織を撮像することが行われているが、上記 1, 2, 3 の波長セットとして、色素散布によって着色する組織が描出できる波長域を選択することにより、色素散布をすることなく、色素散布時の画像と同等の分光画像を得ることもできる。

【図面の簡単な説明】

【0063】

【図 1】本発明の一実施形態に係る電子内視鏡装置の構成を示すブロック図

40

【図 2】図 1 の電子内視鏡装置を構成するプロセッサ装置の操作パネルの構成、および波長セットの例を示す図

【図 3】図 1 の電子内視鏡装置のモニタにおける波長情報表示領域、およびその表示例を示す図

【図 4】分光画像の波長域の一例を、原色型 CCD の分光感度特性と共に示すグラフ

【図 5】分光画像の波長域の一例を、生体の反射スペクトルと共に示すグラフ

【図 6】図 1 の電子内視鏡装置の波長切換えスイッチで操作される波長切換え状態を示す図

【図 7】図 1 の電子内視鏡装置において、単色モードで選択される波長セットを示す図

【符号の説明】

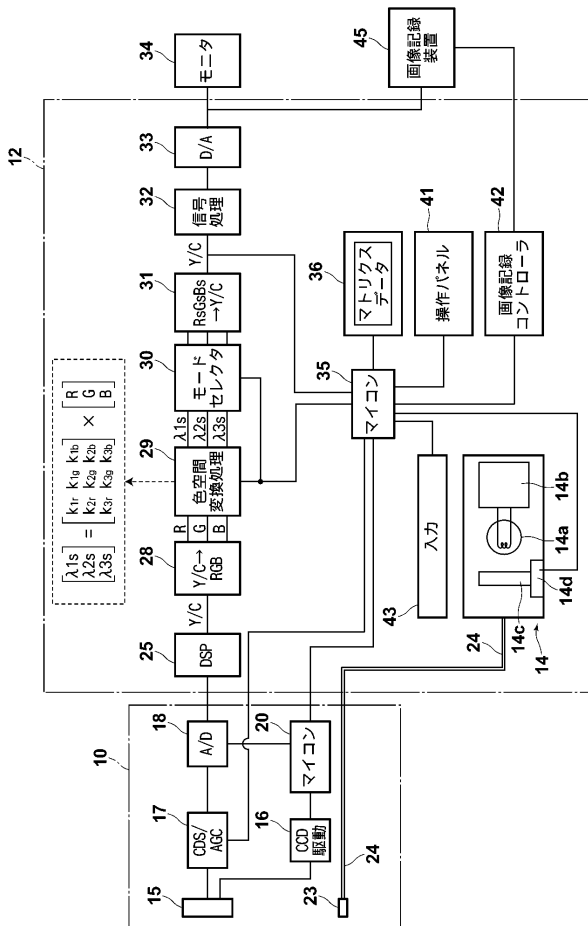
50

## 【 0 0 6 4 】

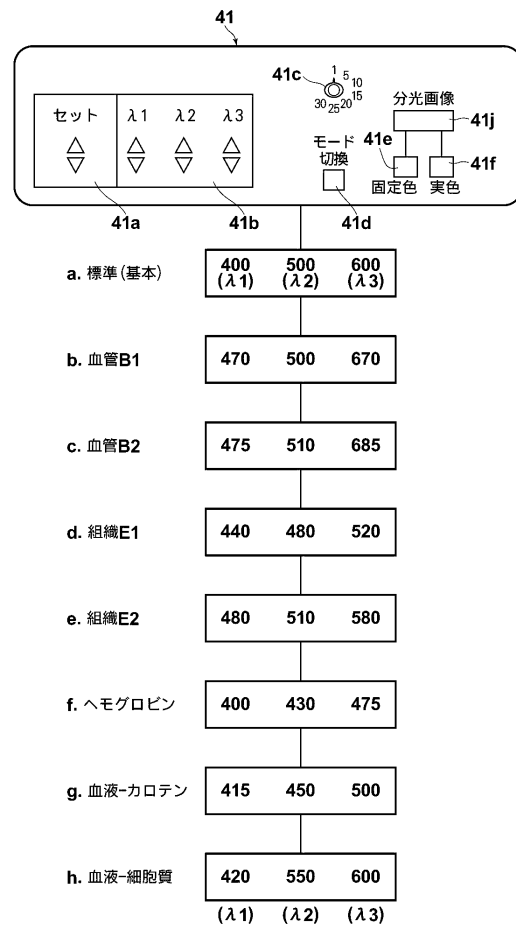
- 1 0      スコープ（電子内視鏡本体部）
- 1 2      プロセッサ装置
- 1 4      光源装置
- 1 5      C C D
- 1 7      C D S / A G C 回路
- 2 0 , 3 5      マイコン
- 2 5      D S P
- 2 8      第 1 色変換回路
- 2 9      色空間変換処理回路
- 3 0      モードセレクタ
- 3 1      第 2 色変換回路
- 3 2      信号処理回路
- 3 4      モニタ
- 3 4 s      波長情報表示領域
- 3 6      メモリ
- 4 1      操作パネル
- 4 3      入力部

10

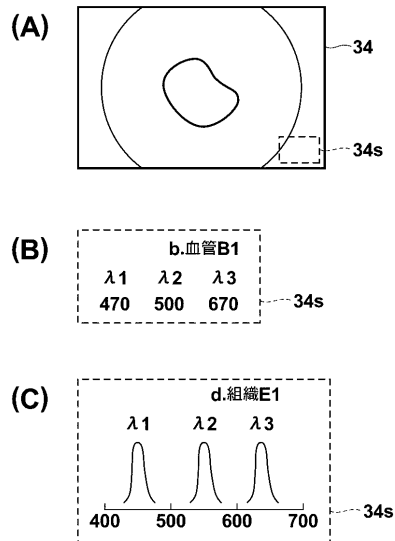
【 図 1 】



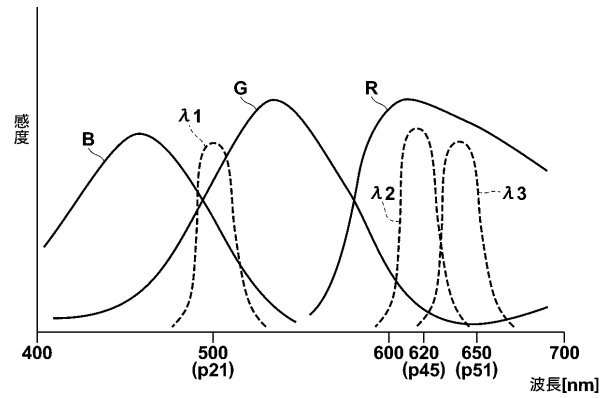
【 図 2 】



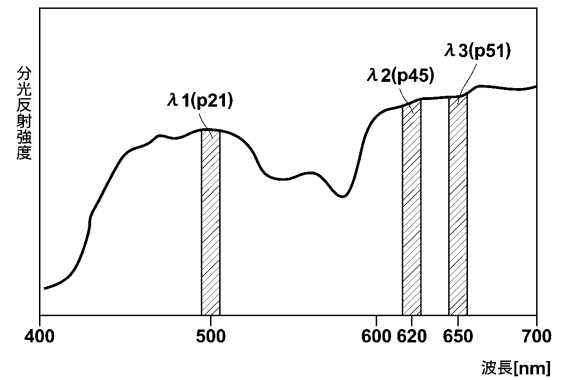
【図 3】



【図 4】



【図 5】



【図 6】

$\lambda 1$	$\lambda 2$	$\lambda 3$
400	500	600
↓	↓	↓
405	510	620
↓	↓	↓
410	520	640
↓	↓	↓
415	530	660
↓	↓	↓

【図 7】

(単色モード、単一波長セット)

$\lambda 1$	$\lambda 2$	$\lambda 3$
470	470	470
⋮	⋮	⋮
500	500	500
⋮	⋮	⋮
530	530	530

---

フロントページの続き

F ターム(参考) 5C054 AA05 CA04 CC02 CH02 DA08 EA01 EE06 HA12



专利名称(译)	电子内视镜装置		
公开(公告)号	<a href="#">JP2008086347A</a>	公开(公告)日	2008-04-17
申请号	JP2006267104	申请日	2006-09-29
[标]申请(专利权)人(译)	富士写真光机株式会社		
申请(专利权)人(译)	富士公司		
[标]发明人	関口正		
发明人	関口 正		
IPC分类号	A61B1/04 G02B23/24 H04N7/18		
CPC分类号	A61B1/0638 A61B1/0005 A61B1/0646 A61B5/0075 A61B5/0086		
FI分类号	A61B1/04.370 G02B23/24.B H04N7/18.M A61B1/00.520 A61B1/04		
F-TERM分类号	2H040/CA02 2H040/FA13 2H040/GA02 2H040/GA05 4C061/AA00 4C061/BB01 4C061/CC06 4C061/DD00 4C061/HH54 4C061/JJ17 4C061/NN05 4C061/SS21 4C061/TT03 4C061/TT13 4C061/WW08 5C054/AA05 5C054/CA04 5C054/CC02 5C054/CH02 5C054/DA08 5C054/EA01 5C054/EE06 5C054/HA12 4C161/AA00 4C161/BB01 4C161/CC06 4C161/DD00 4C161/HH54 4C161/JJ17 4C161/NN05 4C161/SS21 4C161/TT03 4C161/TT13 4C161/WW08		
代理人(译)	佐久间刚		
其他公开文献	JP4931199B2		

## 摘要(译)

要解决的问题：在电子内窥镜设备中通过真实物的色调显示对象的光谱图像，用于从彩色成像设备的输出图像信号形成特定波长带的光谱图像。  
**ΣSOLUTION**：电子内窥镜设备包括：光源14，其用白光照射对象；拍摄对象图像的彩色成像装置15；光谱图像形成电路29，其通过转换由装置15输出的Y（亮度）/C（色差）信号而获得的RGB三色图像信号在特定波长带形成光谱图像。光谱图像形成电路图29适用于产生表示特定波段的颜色的光谱图像的光谱图像信号。  
**Σ**

