

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 特 許 公 報(B2)

(11) 特許番号

特許第5547325号
(P5547325)

(45) 発行日 平成26年7月9日(2014.7.9)

(24) 登録日 平成26年5月23日(2014.5.23)

(51) Int.Cl.

F I

A 6 1 B 1/00 (2006.01)

A 6 1 B 1/00 3 0 0 U

A 6 1 B 1/06 (2006.01)

A 6 1 B 1/00 3 3 4 A

A 6 1 B 1/06 A

請求項の数 7 (全 21 頁)

(21) 出願番号 特願2013-120559 (P2013-120559)
 (22) 出願日 平成25年6月7日(2013.6.7)
 (62) 分割の表示 特願2008-229874 (P2008-229874)
 の分割
 原出願日 平成20年9月8日(2008.9.8)
 (65) 公開番号 特開2013-188526 (P2013-188526A)
 (43) 公開日 平成25年9月26日(2013.9.26)
 審査請求日 平成25年6月7日(2013.6.7)

(73) 特許権者 306037311
 富士フイルム株式会社
 東京都港区西麻布2丁目26番30号
 (74) 代理人 100075281
 弁理士 小林 和憲
 (72) 発明者 鳥居 雄一
 神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地
 富士フイルム株式会社内
 (72) 発明者 新井 治彦
 神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地
 富士フイルム株式会社内
 (72) 発明者 古賀 健彦
 神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地
 富士フイルム株式会社内

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 補助具及びそれを用いる内視鏡システム

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項 1】

一方の外鼻孔から体腔内に挿入される内視鏡用挿入部を有する内視鏡と組み合わせて使用され、他方の外鼻孔から前記体腔内に挿入される補助具用挿入部を備える補助具において、

前記補助具用挿入部の先端部から基端部へと貫通し、前記先端部の先端面に設けられた鉗子出口に接続する補助具用鉗子管路と、

前記先端面で前記鉗子出口の周囲に配置され、前記体腔内に向けて光を照射する複数個の白色照明用のLEDと、

前記LEDの発光量を制御するLEDコントローラと、
 を備える補助具。

【請求項 2】

前記LEDコントローラは、前記内視鏡の撮像手段から得た撮像信号に基づいてビデオ信号を生成するプロセッサ装置に接続されており、前記プロセッサ装置が前記ビデオ信号を生成する際に取得する明るさ情報に基づいて、前記LEDの発光量を制御する請求項1に記載の補助具。

【請求項 3】

一方の外鼻孔から体腔内に挿入される内視鏡用挿入部を有する内視鏡と、

他方の外鼻孔から前記体腔内に挿入される補助具用挿入部を有し、前記内視鏡と組み合わせて使用される請求項1または2に記載の補助具と、

10

20

を備える内視鏡システム。

【請求項 4】

前記内視鏡用挿入部と、前記補助具用挿入部とのいずれか一方あるいは両方に設けられ、前記体腔内で前記内視鏡用挿入部及び前記補助具用挿入部の先端部同士を固定及び固定解除する固定手段を備えており、

前記固定手段は、前記内視鏡用挿入部及び前記補助具用挿入部の先端部同士を並列的に密着して固定し、かつ先端面同士を揃えて同じ方向に向ける請求項 3 に記載の内視鏡システム。

【請求項 5】

前記固定手段は、前記内視鏡用挿入部と、前記補助具用挿入部とのいずれか一方あるいは両方に設けられた磁石体を含む請求項 4 に記載の内視鏡システム。

10

【請求項 6】

前記磁石体として、電磁石を用いる請求項 5 に記載の内視鏡システム。

【請求項 7】

前記固定手段は、前記補助具用挿入部に設けられた捕捉用管路内に収納される位置と、前記捕捉用管路から押し出された位置との間で移動自在とされ、前記捕捉用管路から押し出された場合に、前記内視鏡用挿入部が挿通可能な捕捉用ループを形成する捕捉具である請求項 4 に記載の内視鏡システム。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

20

【0001】

本発明は、経鼻内視鏡と組み合わせて使用される補助具、及びそれを用いる内視鏡システムに関するものである。

【背景技術】

【0002】

近年、体内に挿入する挿入部を経口内視鏡よりも細径にした経鼻内視鏡が知られている（特許文献 1、特許文献 2）。この内視鏡を使用する経鼻内視鏡検査は、挿入部が舌のつけ根を通らず、のどにも触れないので、経口内視鏡検査に比べ、検査時の吐き気・不快感が大幅に軽減できて被検者の苦痛や負担を軽減することができると共に、経口内視鏡検査に比べ麻酔薬も少量で良く、また、被検者は検査中に術者等と会話をすることができ、口呼吸も可能となる等の利点があるため、需要が増えている。

30

【0003】

経鼻内視鏡には、経口内視鏡と同じに、体内に挿入される挿入部の先端部に観察光学系と照明光学系とが内蔵されており、照明光学系で被写体を照明し、照明された被写体の画像情報を観察光学系で映像信号として取り出し、モニタ等によりその画像を表示する。挿入部には、先端部から基端部へと貫通する内部空間に、鉗子管路（吸引管路を兼ねる）、送気・送水用管路、及びライトガイド等が収容されている。

【0004】

ライトガイドは、光が入射する入射端と光を出射する出射端とを有し、光を光源装置から先端部へと導く。出射端から出射される光は、照明レンズを通して先端部の先端面に設けた照明窓から被写体に向けて照射される。鉗子管路は、一端が先端面に露呈して設けた鉗子出口に、また他端が基端部に露呈して設けた鉗子入口にそれぞれ繋がっており、鉗子入口から鉗子出口へと処置具の挿入をガイドする。送気・送水用管路は、先端面に露呈して設けた送気・送水ノズルに繋がっており、基端部に設けた手元操作部のボタン操作により観察光学系の先端面（観察窓）や体腔内に空気や水を送る。

40

【先行技術文献】

【特許文献】

【0005】

【特許文献 1】特開 2006 - 68030 号公報

【特許文献 2】特開 2007 - 61377 号公報

50

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

【0006】

経鼻内視鏡は、外鼻孔から中鼻道（下鼻道）へと狭く曲がりくねった挿入経路を通過させるため、経口内視鏡のものとは比べて挿入部が柔軟にできているという特徴があるが、経口内視鏡の挿入部の径（約9mm）に対し非常に細い径（5～6mm程度）になっている。このように挿入部が細いと、内部空間に設けるライトガイドを細径にしないと内蔵できなくなる。このため、ライトガイドのファイバーバンドルを構成するファイバの本数が、例えば経口内視鏡のものとは比べて略半分となってしまう。これにより、照度や配光特性が低下し、経口内視鏡より遠景も暗くなるという欠点があった。

10

【0007】

また、細径化に伴って鉗子管路の径（約2mm）も細くなり、鉗子管路に挿入することができる鉗子の種類や数が限られる。このため、胃や食道のポリープを切り取ったり（ポリペクトミー、ポリープ切除術、粘膜切除術）、出血している部分（胃潰瘍など）をクリップでつまんで血を止めたりすること（止血術）等の処置や治療が困難な場合があった。

【0008】

また、挿入部の小径化に伴って、送気・送水用管路も小径になっているので、送気・送水の力が弱く、さらには、鉗子管路を使って吸引するときの吸引力も弱いことから、経口内視鏡と比べて空気や水を送り、胃を拡げ観察窓の曇りを除き、きれいな視野を確保することや、観察に邪魔となる余分な残渣や体液などを吸引することに限界があった。そこで、経鼻内視鏡検査で病変が見つかった場合は、経口内視鏡を挿入する等の他の方法で処置・治療を行っているのが現状であった。

20

【0009】

本発明はこのような事情に鑑みてなされたもので、小径に伴う構成や機能の制限により経鼻内視鏡では困難とされていた処置や治療を行うことができるように工夫した補助具、及びこれを用いる内視鏡システムを提供することを目的とする。

【課題を解決するための手段】

【0010】

上記目的を達成するために、本発明の補助具は、一方の外鼻孔から体腔内に挿入される内視鏡用挿入部を有する内視鏡と組み合わせて使用され、他方の外鼻孔から体腔内に挿入される補助具用挿入部を備える。補助具用挿入部には、先端部から基端部へと貫通し、先端部の先端面に設けられた鉗子出口に接続する補助具用鉗子管路と、先端面で鉗子出口の周囲に配置され、体腔内に向けて光を照射する複数の白色照明用のLEDとが設けられている。LEDの発光量は、LEDコントローラにより制御する。

30

【0011】

LEDコントローラは、内視鏡の撮像手段から得た撮像信号に基づいてビデオ信号を生成するプロセッサ装置に接続されており、プロセッサ装置がビデオ信号を生成する際に取得する明るさ情報に基づいて、LEDの発光量を制御することが好ましい。

【0015】

本発明の内視鏡システムは、一方の外鼻孔から体腔内に挿入される内視鏡用挿入部を有する内視鏡と、他方の外鼻孔から体腔内に挿入される補助具用挿入部を有し、内視鏡と組み合わせて使用される上述した補助具とを備えることが好ましい。

40

【0016】

内視鏡用挿入部と、補助具用挿入部とのいずれか一方あるいは両方に設けられ、体腔内で内視鏡用挿入部及び補助具用挿入部の先端部同士を固定及び固定解除する固定手段を備えることが好ましい。また、固定手段は、内視鏡用挿入部及び補助具用挿入部の先端部同士を並列的に密着して固定し、かつ先端部同士を揃えて同じ方向に向けることが好ましい。

【0017】

固定手段は、内視鏡用挿入部と、補助具用挿入部とのいずれか一方あるいは両方に設け

50

られた磁石体を含むことが好ましい。また、磁石体として電磁石を用いてもよい。

【 0 0 1 8 】

固定手段として、補助具用挿入部に設けられた捕捉用管路内に収納される位置と、捕捉用管路から押し出された位置との間で移動自在とされ、捕捉用管路から押し出された場合に、内視鏡用挿入部が挿通可能な捕捉用ループを形成する捕捉具を用いてもよい。

【 発 明 の 効 果 】

【 0 0 1 9 】

本発明によれば、補助具の補助具用挿入部の先端部に設けた白色照明用のＬＥＤで体内を照明することができるので、経鼻内視鏡の照明だけでは暗すぎて行うことができないという制約を受けていた処置・治療を行うことができる。

10

【 図 面 の 簡 単 な 説 明 】

【 0 0 2 0 】

【 図 １ 】 本発明の経鼻内視鏡と補助具からなる内視鏡システムの使用状態を示す説明図である。

【 図 ２ 】 内視鏡の挿入部を示す断面図である。

【 図 ３ 】 内視鏡の挿入部の先端面を示す説明図である。

【 図 ４ 】 内視鏡の先端硬質部の内部を示す断面図である。

【 図 ５ 】 補助具の挿入部を示す断面図である。

【 図 ６ 】 補助具の先端硬質部の内部を示す断面図である。

【 図 ７ 】 内視鏡と補助具との先端部を固定した状態を示す斜視図である。

20

【 図 ８ 】 本発明の内視鏡システムの電氣的接続形態と、物理的接続形態との概略を示す説明図である。

【 図 ９ 】 光源装置を示す斜視図である。

【 図 １ ０ 】 光源装置の操作部を示す説明図である。

【 図 １ １ 】 送気・送水ボタンの管路切換の概略を示す説明図であり、送気・送水ボタンの孔を塞ぐ操作を行って内視鏡の送気・送水ノズルから空気を送る状態を示している。

【 図 １ ２ 】 送気・送水ボタンの管路切換の概略を示す説明図であり、送気・送水ボタンを押下操作して内視鏡の送気・送水ノズルから液体を送る状態を示している。

【 図 １ ３ 】 内視鏡の鉗子管路とウォータージェット管路とに接続されるシリンジと吸引装置とを示す概略説明図である。

30

【 図 １ ４ 】 内視鏡の手元操作部に設けた吸引コネクタに吸引装置を接続した状態を示す斜視図である。

【 図 １ ５ 】 本発明の内視鏡システムを使って内視鏡検査又は処置・治療を行う手順を示すフローチャートである。

【 図 １ ６ 】 内視鏡及び補助具を外鼻孔から中鼻道を通して後鼻孔・食道に挿入する状態を示す説明図である。

【 図 １ ７ 】 補助具の後端部を内視鏡の手元操作部に接続し、補助具のライトガイドを内視鏡のライトガイドに接続する別の実施形態を示す説明図である。

【 図 １ ８ 】 内視鏡用の光源作成機能と補助具用の光源作成機能とを内蔵する光源装置を使用する他の実施形態を示す説明図である。

40

【 図 １ ９ 】 内視鏡用の光源作成機能を内蔵する光源装置と、補助具用の光源作成機能を内蔵する補助光源装置とを使用する実施形態を示す説明図である。

【 図 ２ ０ 】 ＬＥＤを使用した照明機能を補助具に設けた実施形態を示す説明図である。

【 図 ２ １ 】 照明機能と鉗子管路とを補助具の挿入部に収容した実施形態を示す説明図である。

【 図 ２ ２ 】 図 ２ １ で説明した補助具の先端面を示す説明図である。

【 図 ２ ３ 】 照明機能にＬＥＤを使用した補助具の先端面を示す説明図である。

【 図 ２ ４ 】 照明機能とウォータージェット管路とを補助具の挿入部に収容した実施形態を示す説明図である。

【 図 ２ ５ 】 先端部同士を固定する固定手段として、内視鏡の挿入部の先端部を捕捉するス

50

ネア型捕捉具を補助具に設けた実施形態を示す説明図である。

【発明を実施するための形態】

【0021】

内視鏡システム10は、図1に示すように、経鼻内視鏡（以下、「内視鏡」）11、補助具12、光源装置13、プロセッサ装置14、及びモニタ15等を備えている。内視鏡11には、一方の外鼻孔に挿入される挿入部16を持っている。挿入部16の基端部には、把持部22aが接続されている。把持部22aには手元操作部17が取り付けられ、手元操作部17には、光源装置13、及びプロセッサ装置14にそれぞれ接続されるユニバーサルコネクタ18がユニバーサルケーブル18aの先端に設けられている。この内視鏡11の挿入部16には、先端部から把持部22aへと貫通する内部空間に鉗子管路が設けられている。鉗子管路は、一端が先端面20aに設けた鉗子出口に、また他端は把持部22aに設けた鉗子入口19にそれぞれ接続されている。なお、把持部22aに取り付けられる手元操作部17に鉗子入口19を設けてもよい。把持部22aと手元操作部17とで操作部本体を構成する。

10

【0022】

内視鏡11の挿入部16は、周知のように、先端硬質部20、湾曲部21、及び軟性部22とで構成されている。湾曲部21の前後には、補助具12の挿入部16の先端部を固定するための円筒状の磁石体23、24が一对設けられている。なお、先端硬質部20と湾曲部21とが本発明の内視鏡11の挿入部16の先端部を構成する。

【0023】

内視鏡の先端硬質部20には、硬質な金属材料等で形成された先端部本体の内部に観察光学系、撮像素子や照明光学系等が内蔵されている。ユニバーサルコネクタ18は、ライトガイド用コネクタ（LG用コネクタ）25と、これから延設されたコード26の先端に設けたビデオ用コネクタ（電気用コネクタ）27とから構成されている。電気用コネクタ27がプロセッサ装置14に設けた電気用ソケット28に、また、LG用コネクタ25が光源装置13に設けたLG用ソケット29にそれぞれ接続される。

20

【0024】

プロセッサ装置14には、電源回路、撮像素子から得られる撮像信号を画像処理してコンポジット信号やRGBコンポーネント信号にエンコードするための画像処理回路等が設けられている。光源装置13には、光源ランプが内蔵されており、その光は、手元操作部17を通して挿入部16の内部空間に収容したライトガイド（ファイバーバンドル）によって把持部22aから先端部へと導かれて照明光学系に入射する。

30

【0025】

軟性部22は、手元操作部17と湾曲部21との間を細径で長尺状に繋ぐ部分であり、可撓性を有している。湾曲部21は、手元操作部17に設けた湾曲操作ノブ30の操作に連動して挿入部16の内部空間に収容したアングルワイヤが押し引きされて湾曲動作する。これにより、先端硬質部20の先端面20aを体腔内の所望の方向に向けて観察部位を観察する。観察部位は、照明光学系から放たれる光により照明され、その反射光を観察光学系を介して撮像素子で撮像し、画像処理回路を介してモニタ15に表示する。

【0026】

手元操作部17には、2つの湾曲操作ノブ30や鉗子入口19の他に、送気・送水ボタン31、吸引ボタン32、及びウォータージェット口（WJ口）33等が設けられている。WJ口33には、被観察部位に向けて噴射するための洗浄水や薬液等の流体を収容したシリンジや送水装置等が着脱自在に接続される。なお、WJ口33、及び鉗子入口19は、通常は着脱自在な栓により塞がれている。鉗子入口19の栓は、鉗子栓19a（図13参照）であり、鉗子栓19aは、処置具によって押し開かれるスリット又は小孔を形成した弾性を有する栓部をもっており、鉗子管路51を通じて体内汚液等が鉗子入口19から外部に噴出しないように鉗子入口19を部分的にシールする。

40

【0027】

補助具12は、内視鏡と組み合わせて使用されるものであり、挿入部34と補助LG用コ

50

ネクタ 35 とを有している。挿入部 34 は、内視鏡 11 の挿入部 16 が挿入されていない他方の外鼻孔に挿入される。補助 L G 用コネクタ 35 は、挿入部 34 の後端部 36 から延設されたコード 37 の先端に設けられ、光源装置 13 の補助 L G 用ソケット 43 に着脱自在に接続される。補助具 12 の挿入部 34 は、先端から順に先端部 38、湾曲部 39、及び可撓管部 40 とで構成されている。

【0028】

補助具 12 の湾曲部 39 には、挿入方向に対する前後に、円筒状の磁石体 41、42 が一対設けられている。これら一対の磁石体 41、42 は、挿入経路のうちの後鼻道から食道までの範囲に挿入されたときに、内視鏡 11 の一対の磁石体 23、24 に磁着する。これにより、補助具 12 の湾曲部 39 は、内視鏡 11 の湾曲部 21 の湾曲に従動して湾曲し、補助具 12 の先端部 38 の先端面 38a は、内視鏡 11 の先端面 20a と同じ向きになる。

10

【0029】

補助具 12 の先端部 38 は、硬質な材料で形成されている。湾曲部 39 は、内視鏡 11 の湾曲部 21 と一緒に湾曲する柔軟な部分である。可撓管部 40 は、後端部 36 と湾曲部 39 との間を細径で長尺状に繋ぐ部分であり、可撓性を有している。なお、先端部 38 と湾曲部 39 とは、本発明の補助具 12 の挿入部 34 の先端部を構成する。

【0030】

補助具 12 の挿入部 34 には、先端部から後端部 36 へと貫通する内部空間にライトガイドが設けられている。このライトガイドは、挿入部 34 の先端面 38a に設けた照明窓の奥に配した照明光学系に光源装置 13 から得られる照明光を伝送する。なお、挿入部 16、34 は、どちらも外鼻孔から後鼻孔、食道と経て胃や十二指腸等に挿入されるために、細径のフレキシブルな管状に形成されており、略同じ径、及び長さになっている。また、鼻孔への挿入テストで内視鏡 11 の挿入部 16 を片方の鼻孔に挿入するのが無理であると判断される場合もあるので、補助具 12 の挿入部 34 は、内視鏡 11 の挿入部 16 よりも細径にしておくのが好適である。

20

【0031】

内視鏡 11 の軟性部 22 は、図 2 に示すように、内側より順に可撓性を保ちながら内部を保護するフレックスと呼ばれる螺管 44 と、この螺管 44 の上に被覆され外層 46 の樹脂を保持するブレードと呼ばれるネット 45 と、このネット 45 上に樹脂を被着した外層 46 との 3 層からなる可撓性管 47 で構成されている。

30

【0032】

内視鏡 11 の軟性部 22 の内部には、先端硬質部 20 の照明用レンズに照明光を導くためのライトガイド 48、49、アングルワイヤ 50、鉗子管路 51、送気・送水管路 52、多芯ケーブル 53、及び、ウォータージェット管路 (WJ 管路) 54 等の複数本の内容物が遊挿されている。多芯ケーブル 53 は、主に、映像信号処理部から撮像センサを駆動するための信号を送るとともに、撮影センサから得られる撮像信号を映像信号処理部に送るためのケーブルであり、複数の信号線を保護被膜で覆った断面形状になっている。アングルワイヤ 50 は、上下用と左右用との 2 本のアングルワイヤを湾曲操作ノブ 30 の操作に連動する 2 つのプーリに各々掛け回してそれら先端を湾曲部 21 に向けて挿通しているので軟性部 22 の内部には 4 本あり、それぞれが密着コイルパイプ 50a の中に挿通されている。ライトガイド 48、49 は、複数の光ファイバを円形に結束させ、その周りをシリコン等の弾性を有する材料で形成した保護チューブ 48a、49a で覆った断面形状になっている。

40

【0033】

内視鏡 11 の先端面 20a には、図 3 に示すように、観察窓 55、一対の照明窓 56、57、ウォータージェットノズル (WJ ノズル) 58、鉗子出口 59、送気・送水ノズル 60 などが露呈して設けられている。観察窓 55 には、体腔内の被観察部位の像光を取り込むための対物光学系の一部が配されている。照明窓 56、57 は、観察窓 55 を挟んだ両側に設けられ、観察視野周辺の光量低下を抑え、鉗子等の影をなくす作用をする。これ

50

ら照明窓５６，５７の奥には、照明光学系が内蔵されており、照明光学系は、ライトガイド４８，４９を介して光源装置１３から伝送される光を体腔内の被観察部位に照射する。

【００３４】

内視鏡１１の鉗子出口５９は、鉗子管路５１を介して手元操作部１７に設けた鉗子入口１９と連通されている。送気・送水ノズル６０は、手元操作部１７に設けた送気・送水ボタン３１を操作することによって患部に送気、送水をしたり、観察窓５５に向けて洗浄水やエアーを噴射する。ＷＪノズル５８は、ＷＪ口３３に着脱自在に取り付けられるシリンジや送水装置から供給される洗浄水や薬液等の流体を被観察部位に向けて噴射する。

【００３５】

観察窓５５には、図４に示すように、対物光学系６１の一部が露呈して配されている。照明窓５６，５７から発する照明光は、被観察部位を反射して対物光学系６１に入射する。入射した被写体光は、対物光学系６１を通過してプリズム６２に入射してプリズム６２の内部で屈曲することで撮像素子６３の結像面に結像する。撮像素子６３には、回路基板６４が接続されており、この回路基板６４には多芯ケーブル５３の各信号線５３ａが接続されている。

10

【００３６】

内視鏡１１の先端硬質部２０から湾曲部２１の外層は、柔軟性を有するアングルゴム６５で形成されている。アングルゴム６５の内側には、アングルワイヤ５０の先端に係合している先端側接続リング６６が設けられている。先端側接続リング６６には、軟性部２２に向けて、複数の節輪（図示なし）が湾曲中心となる左右及び上下のピンで交互に連結されている。各節輪の内側には、アングルワイヤ５０が摺動自在に係合しており、節輪列は、上下用と左右用とのアングルワイヤ５０の押し引きにより上下及び左右に湾曲する。

20

【００３７】

内視鏡１１の湾曲部２１の内部には、ライトガイド４８が配されている。ライトガイド４８は、複数の光ファイバを円形に結束させ、その周りをシリコン等の弾性を有する材料で形成した保護チューブ４８ａで覆った断面形状になっている。先端部本体６５の内部では、対物面６８ａが照明窓５６に露呈されている照明レンズ６８が固定されている。この照明レンズ６８が本発明の照明光学系を構成している。この照明レンズ６８の先端面６８ａとは逆側の入射面には、ライトガイド４８の出射端４８ｂが配されている。このライトガイド４８の出射端４８ｂ側も先端部本体６５の内部で固定されている。なお、他方のライトガイド４９の方も同じ構成になっている。

30

【００３８】

補助具１２の可撓管部４０は、図５に示すように、内視鏡１１の軟性部２２と同じに、螺管７０、ネット７１、及び外層７２との３層からなる可撓性管７３で覆われている。螺管７０は、ライトガイド７４の周りに設けられており、可撓性を保ちながらライトガイド７４を保護する。ネット７１は、螺管７０の上に被覆され外層７２の樹脂を保持する。外層７２は、ネット７１上に樹脂を被着したものである。

【００３９】

補助具１２のライトガイド７４は、複数の光ファイバ７５を円形に結束させて、その周りをシリコン等の弾性を有する材料で形成した保護チューブ７６で覆った断面形状になっている。保護チューブ７６を除くライトガイド７４の径は、補助具１２の挿入部３４の外径に対して略７０％以上の径、保護チューブ４８ａ，４９ａを除く内視鏡１１の各ライトガイド４８、４９の径に対して略２倍以上の径になっている。

40

【００４０】

補助具１２の先端部３８は、図６に示すように、硬質外管７７で覆われている。先端部３８の内部には、レンズ保持枠７８が固定され、レンズ保持枠７８には照明レンズ７９が保持されている。照明レンズ７９は、照明光学系を構成しており、先端面３８ａに形成した照明窓８０から先端面７９ａが露呈している。照明レンズ７９は、先端面７９ａとは逆側の入射面にライトガイド７４の出射端７４ａが配されている。なお、照明レンズ７９としては、単レンズ以外に、複数のレンズで構成したものでもよい。補助具１２に用いる照

50

明レンズ 7 9 としては、内視鏡 1 1 の照明機能の光量不足を補う場合には疑似光源面に凸面を有する集光レンズを、また配光角を補う場合には疑似光源面に凹面を有する拡散タイプの照明レンズを使用すればよい。

【 0 0 4 1 】

補助具 1 2 の湾曲部 3 9 は、内視鏡 1 1 の湾曲部 2 1 に追従して湾曲するように柔軟な表皮 8 1 覆われている。この湾曲部 3 9 の表皮 8 1 は、可撓管部 4 0 と略同じ構成をしているが、内視鏡 1 1 の湾曲部 2 1 の湾曲に対して内側又は外側で追従して湾曲したときに、先端部 3 8 の先端面 3 8 a が内視鏡 1 1 の先端面 2 0 a に対してずれることがないように、挿入方向に対して僅かに伸縮する。

【 0 0 4 2 】

10

補助具 1 2 の湾曲部 3 9 に設けた一対の磁石体 4 1 , 4 2 は、図 7 に示すように、表面に凹凸が出ないように表皮 8 1 に設けた一対の凹部 8 2 , 8 3 にそれぞれ嵌め込まれている。一方、内視鏡 1 1 の湾曲部 2 1 の前後に設けた一対の磁石体 2 3 , 2 4 も、表面に凹凸が出ないように、一段凹んだ凹部 8 4 , 8 5 に嵌め込まれている。これらの一対の磁石体 2 3 , 2 4 と、磁石体 4 1 , 4 2 は、間隔が同じになっており、所定距離をおいた二カ所で磁着させることで、内視鏡 1 1 と補助具 1 2 との湾曲部 2 1 , 3 9 を先端面 2 0 a , 3 8 a が揃った状態で並列的に固定することができる。

【 0 0 4 3 】

なお、これら磁石体 2 3 , 2 4 , 4 1 , 4 2 が本発明の固定手段を構成する。固定手段としては、磁石体同士を磁着させることに限らず、磁石体と磁着体との組でもよい。また、複数の磁石体をリング状のバンドに取り付け、そのバンドを凹部に嵌め込むようにしてもよい。

20

【 0 0 4 4 】

内視鏡 1 1 は、図 8 に示す撮像素子 6 3 を先端硬質部 2 0 に備え、また、CPU 8 6 、基準クロック発振器 8 7 、タイミングジェネレータ (T G) 8 8 、及びアナログ信号処理回路 (A F E : Analog Front End processor) 8 9 等をユニバーサルコネクタ 1 8 の内部に備えている。

【 0 0 4 5 】

撮像素子 6 3 は、CCD や CMOS 等であり、対物光学系 6 1 により結像する被写体像を撮像する。この受光面には、複数の色セグメントからなるカラーフィルタ (例えば、ベイヤー配列の原色カラーフィルタ) が配置されている。

30

【 0 0 4 6 】

CPU 8 6 は、内視鏡 1 1 の各部の動作制御を行う。TG 8 8 は、基準クロック発振器 8 7 により生成される基準クロック信号に基づき、撮像素子 6 3 の駆動パルス (垂直 / 水平駆動パルス) を生成するとともに、AFE 8 9 用の同期パルスを生成し、前記駆動パルス及び同期パルスをそれぞれ撮像素子 6 3 、及び AFE 8 9 に入力する。撮像素子 6 3 は、TG 8 8 から入力された駆動パルスに応じて撮像動作を行い、撮像信号を AFE 8 9 に出力する。

【 0 0 4 7 】

AFE 8 9 は、相関二重サンプリング回路 (C D S) 9 0 、自動ゲイン制御回路 (A G C) 9 1 、及びアナログ / デジタル変換器 (A / D) 9 2 により構成されている。CDS 9 0 は、撮像素子 6 3 から出力される撮像信号に対して相関二重サンプリング処理を施し、撮像素子 6 3 で生じるリセット雑音及びアンプ雑音の除去を行う。AGC 9 1 は、CDS 9 0 によりノイズ除去が行われた撮像信号をゲイン調整する。A / D 9 2 は、AGC 9 1 により増幅された撮像信号を、所定のビット数のデジタル信号に変換し、ユニバーサルコネクタ 1 8 を介してプロセッサ装置 1 4 に送る。

40

【 0 0 4 8 】

また、TG 8 8 は、AFE 8 9 から出力される撮像信号に対応した、水平同期信号、垂直同期信号、及びクロック信号を、それぞれユニバーサルコネクタ 1 8 を介してプロセッサ装置 1 4 に送る。

50

【 0 0 4 9 】

プロセッサ装置 1 4 は、CPU 9 3、アイソレーション回路（絶縁回路）9 4、デジタル信号処理回路（DSP）9 5、同期信号発生回路（SSG）9 6、及びデジタル／アナログ変換器（D/A）9 7等を備えている。

【 0 0 5 0 】

CPU 9 3は、プロセッサ装置 1 4、及び光源装置 1 3の動作制御を行う。アイソレーション回路 9 4は、内視鏡 1 1をプロセッサ装置 1 4から絶縁分離するためのものである。デジタル信号処理回路（DSP）9 5は、撮像信号に信号処理を施して映像信号（ビデオ信号）を生成する。

【 0 0 5 1 】

同期信号発生回路（SSG）9 6は、補正された水平同期信号、垂直同期信号、及びクロック信号を発生する。デジタル／アナログ変換器（D/A）9 7は、DSP 9 5から出力された映像信号をNTSC方式等のアナログ映像信号に変換する。

【 0 0 5 2 】

SSG 9 6には、内視鏡 1 1のTG 8 8から出力された水平駆動パルス、垂直駆動パルス、及びクロックパルスがアイソレーション回路 9 4を介して入力される。SSG 9 6は、入力された水平駆動パルス、垂直駆動パルス、及びクロックパルスの間の位相ずれを補正して、位相ずれが補正された水平駆動パルス、垂直駆動パルス、及びクロックパルスを発生し、これらの信号をDSP 9 5に入力する。

【 0 0 5 3 】

DSP 9 5には、内視鏡 1 1のAFE 8 9から出力された撮像信号がアイソレーション回路 9 4を介して入力される。DSP 9 5は、入力された撮像信号に対し、色分離、色補間、ゲイン補正、ホワイトバランス調整、ガンマ補正、画像強調処理等を行い、輝度（Y）信号と色差（C）信号とからなるY/C形式の映像信号を生成し、生成した映像信号をD/A 9 7に入力する。D/A 9 7は、入力された映像信号をNTSC方式のアナログ映像信号に変換し、コネクタ 9 8に外部接続されたモニタ 1 5に出力する。

【 0 0 5 4 】

光源装置 1 3は、光源ランプ 9 9、光源ドライバ 1 0 0、絞り機構 1 0 1、光量制限機構 1 0 2、集光レンズ 1 0 3、及びCPU 1 0 4を備えている。光源ランプ 9 9は、キセノンランプやハロゲンランプ等から放たれる白色の光源である。光源ドライバ 1 0 0は、光源ランプ 9 9を駆動する。絞り機構 1 0 1は、光源ランプ 9 9とライトガイド 4 8、4 9の入射端 4 8 cとの間に配され、ライトガイド 4 8、4 9への入射光量を増減させる。光量制限機構 1 0 2は、照明光の光路上に光量制限フィルタを挿脱する機構であり、そのフィルタを挿入すると白色光の所定波長域の光量を制限する。集光レンズ 1 0 3は、絞り機構 1 0 1を通過した光を集光してライトガイド 4 8、4 9の入射端 4 8 cに導く。CPU 1 0 4は、プロセッサ装置 1 4のCPU 9 3と通信し、ビデオ信号を生成するときに得られる明るさ情報を取得し、その明るさ情報に基づいて光源ドライバ 1 0 0での光源ランプ 9 9の光量、及び絞り機構 1 0 1での絞りの開閉動作の制御を行って照明光を調光する。

【 0 0 5 5 】

光源ランプ 9 9から発せられた光は、絞り機構 1 0 1、及び集光レンズ 1 0 3を介して調光されて照明光として、内視鏡 1 1のライトガイド 4 8、4 9と補助具 1 2のライトガイド 7 4との入射端 4 8 c、7 4 bにそれぞれ入射する。内視鏡 1 1のライトガイド 4 8、4 9の出射端 4 8 b、4 9 bは、2つの照明レンズ 6 8に向けて分岐されており、一方のライトガイド 4 8の出射端 4 8 bから出射される光は、照明レンズ 6 8を介して照明窓 5 6から体腔内へ照射され、また、他方のライトガイド 4 9の出射端 4 9 bから出射される光は、照明レンズ 6 8を介して照明窓 5 7から体内に照射される。補助具 1 2のライトガイド 7 4の出射端 7 4 aから出射される光は、照明レンズ 7 9を介して照明窓 8 0から体腔内へ照射される。

【 0 0 5 6 】

光源装置 13 の前面には、図 9 に示すように、右寄りに電源ボタン 105 が設けられている。電源ボタン 105 のオン/オフ操作をすることにより商用電源から光源装置 13 への電力の供給及び停止が行われる。電源ボタン 105 の左横には、ランプ点灯ボタン 106、明るさ調整ボタン 107、光量制限ボタン 108、透過照明ボタン 109、及び送気ボタン 110 等が順に並んで設けられている。光源装置 13 の前面左側には、内視鏡の L G 用コネクタ 25 を接続する L G 用ソケット 29 が、また、補助具 12 の補助 L G 用コネクタ 35 を接続する補助 L G 用ソケット 43 がそれぞれ設けられている。

【0057】

ランプ点灯ボタン 106 は、図 10 に示すように、プッシュ式の押しボタンスイッチとなっており、オン/オフ操作をすることにより、前記光源の点灯、及び消灯を行う。明るさ調整ボタン 107 は、アップボタン 107a、及びダウンボタン 107b とで構成されており、絞りの開口口径を制御して照明光の明るさを、例えば 10 段階で調整する。なお、絞りの代わりに、減衰フィルタの挿入、あるいは光源ランプの点灯電流の調節等によって明るさ調整をすることもできる。光量制限ボタン 108 は、プッシュ式の押しボタンであり、オン/オフ操作をすることで、照明光の光路上に光量制限フィルタを挿脱して白色光の所定波長域の光量を制限するか否かを選択する。

【0058】

透過照明ボタン 109 は、暗い環境下でも操作ボタンの位置を認識することができるように、各ボタン 106、107、108、109、110 を背後から照明するか否かを選択するボタンである。なお、光源装置 13 には、内視鏡 11 の内部に設けた送気・送水管路に空気や液を送るためのポンプ 120、及びバルブ 119 が内蔵されている（図 11 参照）。送気ボタン 110 は、送気圧が、例えば弱、中、強の 3 段階のうちのいずれかになるように前記バルブを調節するためのボタンである。

【0059】

内視鏡 11 を用いて検診あるいは観察する前には、被検者のデータや、診断や観察部位に応じて、ランプの明るさや照明光の波長の指定を行う。例えば、光源装置 13 では、電源ボタン 105 をオンし、その後ランプ点灯ボタン 106 をオンし、被写体の明るさが適切になるように明るさ調整ボタン 107 で調整し、光量制限ボタン 108 のオン/オフを決定する。最後に、送気ボタン 110 で送気圧を選択する。

【0060】

内視鏡 11 の送気・送水ノズル 60 に繋がる送気・送水管路 52 の後端は、図 11 に示すように、送気用管路 111 と送水用管路 112 との二股に分かれている。送気用管路 111 と送水用管路 112 は、送気・送水ボタン 31 に各々接続されている。送気・送水ボタン 31 は、管路切換機能を有し、送気用ポート 113、送水用ポート 114、給水用ポート 115、及び、給気用ポート 116 を有している。送水用ポート 114 には送水用管路 112 が、送気用ポート 113 には送気用管路 111 が接続されている。また、給水用ポート 115 には、ユニバーサルコネクタ 18 に設けた送水コネクタ 117 を介して送水タンク 118 が接続される。給気用ポート 116 には、ユニバーサルコネクタ 18 を介して光源装置 13 に内蔵したバルブ 119、及び送気ポンプ 120 が接続される。

【0061】

光源装置 13 の前面に設けた送気ボタン 110 で選択した送気圧の情報は、CPU 104 に送られる。CPU 104 は、送気圧の情報に基づいてバルブ 119 の弁を調節する。手元操作部 17 に設けた送気・送水ボタン 31 には、ボタンの一部に孔 121 が空いており、送気ポンプ 120 は常に駆動して前記孔 121 から空気を吐出している。送気・送水ボタン 31 の孔 121 を塞ぐ操作を行うことで、送気・送水ノズル 60 までの管路が繋がりと、送気・送水ノズル 60 より空気が吹き出す。さらに、図 12 に示すように、送気・送水ボタン 31 を押し込む操作を行うと、給気用ポート 116 が塞がれ、空気は送水タンク 118 に流れ込む。空気は、送水タンク 118 内の水を押出し、水は給水用ポート 115 を介して送水用ポート 114 から送気・送水管路 52 を経て送気・送水ノズル 60 から吹き出す。

10

20

30

40

50

【 0 0 6 2 】

内視鏡 1 1 の挿入部 1 6 に収容した W J 管路 5 4 は、図 1 3 に示すように、一端が W J ノズル 5 8 に接続され、他端が手元操作部 1 7 に設けた W J 口 3 3 に接続されている。W J 口 3 3 には、シリンジ 1 2 2 又はシリンジ 1 2 2 に取り付けしたチューブ等が接続される。シリンジ 1 2 2 内に注入した液体は、プランジャーを軸方向に移動操作することで W J 管路 5 4 を通って W J ノズル 5 8 から患部等に向けて噴出する。

【 0 0 6 3 】

内視鏡 1 1 の鉗子管路 5 1 の後端は、鉗子入口 1 9 と手元操作部 1 7 に設けた吸引ボタン 3 2 とに分岐して接続されている。吸引ボタン 3 2 には、鉗子管路 5 1 に繋がるポート 1 2 3 と、ユニバーサルコネクタ 1 8 に設けた吸引コネクタ 1 2 5 に繋がるポート 1 2 4 とを有する。吸引コネクタ 1 2 5 には、詳しくは図 1 4 に示すように、吸引装置 1 2 6 に繋がるチューブ 1 2 7 が接続される。吸引ボタン 3 2 の押下操作によりポート 1 2 3 , 1 2 4 が繋がり、吸引装置 1 2 6 は、内視鏡 1 1 の鉗子管路 5 1 を介して鉗子出口 5 9 から体腔内の汚物や血液その他の体液を吸引し、吸引タンク 1 2 8 に貯留する。

【 0 0 6 4 】

次に上記構成の作用を、図 1 5 を参照しながら説明する。経鼻内視鏡検査では、まず前処置として、内視鏡 1 1 の挿入部 1 6 を挿入するために外鼻孔の奥の鼻腔から中（下）鼻道に麻酔を行うとともに挿通テストを行い、挿入部 1 6 が挿通可能な挿入経路のある鼻腔を決定する。前処置は座位又は仰臥位で行い、その後、仰臥位又は左側臥位で挿入部 1 6 を一方の外鼻孔に挿入していく。挿入経路は、図 1 4 に示すように、一方の外鼻孔 1 3 0 から中鼻道 1 3 1 又は下鼻道 1 3 2 を通して後鼻孔（内鼻孔）1 3 3、食道 1 3 4、そして胃へと到達させる経路である。

【 0 0 6 5 】

十二指腸や胃を観察するときにモニタの画像を鮮明に確認することができる場合には、内視鏡のみで観察し、必要に応じて内視鏡の鉗子管路を使ってスネアや生体鉗子等の処置具を挿入して処置又は治療を行う。

【 0 0 6 6 】

モニタ 1 5 の画面が暗い場合には、補助具 1 2 を併用する。補助具 1 2 を内視鏡 1 1 と併用する場合、まず補助具 1 2 の挿入部 3 4 を他方の外鼻孔に挿入するため、他方の外鼻孔の奥の鼻腔に麻酔を行う。次に、内視鏡 1 1 と補助具 1 2 との挿入部 1 6、3 4 の先端部を固定して一緒に挿入する必要があるため、内視鏡 1 1 の挿入部 1 6 をいったん後鼻孔 1 3 3 から食道 1 3 4 までの範囲に先端部が位置するように引き戻す。その後、補助具 1 2 の挿入部 3 4 を他方の外鼻孔から挿入し、中鼻道 1 3 1 又は下鼻道 1 3 2 を通して、後鼻孔 1 3 3 から食道 1 3 4 までの範囲に挿入する。これにより、両方の挿入部 1 6 , 3 4 の先端面 2 0 a、3 8 a が略同じ位置となるように互いの挿入部 1 6 , 3 4 を相対的にずらして、内視鏡 1 1 の磁石体 2 3 と補助具 1 2 の磁石体 4 1 とを、また、内視鏡 1 1 の磁石体 2 4 と補助具 1 2 の磁石体 4 2 とを磁着させる。これにより、双方の湾曲部 2 1 , 3 9 が並列して密着し、双方の先端面 2 0 a , 3 8 a が同じ向きとなる。

【 0 0 6 7 】

その後、光源装置 1 3 のランプ点灯ボタン 1 0 6 がオフになっていることを確認して、補助具 1 2 の補助 L G 用コネクタ 3 5 を光源装置 1 3 の補助 L G 用ソケット 4 3 に接続する。補助 L G 用ソケット 4 3 には、光漏れを防止するキャップが装着されている。このキャップ外して接続する。接続完了後、ランプ点灯ボタン 1 0 6 をオンしてから、双方の挿入部 1 6 , 3 4 を徐々に挿入していく。このとき、モニタ 1 5 の画面を見ながら湾曲操作ノブ 3 0 を操作して内視鏡 1 1 の湾曲部 2 1 を湾曲させながら挿入を行っていく。補助具 1 2 の湾曲部 3 9 は、磁石体 2 3 , 4 1 と磁石体 2 4 , 4 2 との磁着により内視鏡 1 1 の湾曲部 2 1 に密着しているため、内視鏡 1 1 の湾曲部 2 1 と一緒に湾曲し、また、内視鏡 1 1 の挿入部 1 6 の挿入に追従して挿入される。このため、内視鏡 1 1 の挿入部 1 6 のみをもって挿入していきだけで補助具 1 2 の挿入部 3 4 も一緒に挿入される。

【 0 0 6 8 】

その後は、モニタ１５の画面で観察し、処置又は治療を施す必要のある場合には、内視鏡１１の鉗子管路５１を使って、スネアや生検鉗子等の処置具で処置又は治療を行う。

【００６９】

治療又は処置を終了した後には、生検鉗子又はスネア等の処置具を、内視鏡１１の鉗子入口１９から引き抜き、双方の挿入部１６，３４を鼻孔からゆっくりと引き抜いていく。この途中、例えば後鼻孔から食道までの範囲を通過するまでに、双方の挿入部１６，３４の先端部の固定を解除する。この操作は、内視鏡１１の挿入部１６と補助具１２の挿入部３４とのいずれか一方を他方に対して挿入方向に相対的にずらすことで磁石体２３，２４と磁石体４１，４２との磁着を解除することができる。双方の先端部の固定を解除した後には、補助具１２、内視鏡１１の順に挿入部３４，１６を個別に引き抜く。最後に、補助具１２の補助ＬＧ用コネクタ３５を光源装置１３の補助ＬＧ用ソケット４３から取り外す。なお、最初から補助具１２を併用してもよい。

10

【００７０】

上記実施形態では、補助具１２を光源装置１３に接続しているが、図１７に示すように、内視鏡１１の手元操作部１７に係合する係合部１３５を補助具１２の後端部に設け、補助具１２のライトガイド７４を内視鏡１１のライトガイド４８，４９に接続して内視鏡１１から照明光を伝送するように構成してもよい。この場合、補助具１２の係合部１３５に補助ＬＧ用コネクタ１３６が、またそのコネクタ１３６が接続される補助ＬＧ用ソケット１３７が手元操作部１７にそれぞれ設けられている。内視鏡１１に内蔵されるライトガイドは、光源装置１３に接続される基幹部１３８の一方（出射端側）を３つに分岐し、そのうち２つをライトガイド４８，４９に、残りの分岐ライトガイド１３９が補助ＬＧ用ソケット１３７に導かれている。前記補助ＬＧ用ソケット１３７と補助ＬＧ用コネクタ１３６との接続によりライトガイド１３９が補助具１２のライトガイド７４に接続される。

20

【００７１】

また、上記各実施形態では、内視鏡用の照明機能と補助具用の照明機能との光源ランプ９９を双方で兼用しているが、光源装置１３に光源を別々に設けてもよい。この場合には、図１８に示すように、光源装置１４０に補助具１２用のランプ点灯ボタン１４１を別に設け、ランプ点灯ボタン１０６の操作で内視鏡１１用の光源ランプ９９のオン・オフを、また、ランプ点灯ボタン１４１の操作で補助具１２用の光源ランプ１４２のオン・オフを個別に行うようにするのが好適である。同図に示す光源装置１４０は、内視鏡１１用の照明光を作る主照明光作成機能９９～１０４に加えて、補助具１２用の照明光を作る補助照明光作成機能を有している。

30

【００７２】

補助照明光作成機能は、主照明光作成機能を構成する前述した各部９９～１０４と略同に、光源ランプ１４２、光源ドライバ１４３、絞り機構１４４、光量制限機構１４５、及び集光レンズ１４６で構成されている。光源ランプ１４２は、キセノンランプやハロゲンランプ等から放たれる白色の光源である。光源ドライバ１４３は、光源ランプ１４２を駆動する。絞り機構１４４は、光源ランプ１４２とライトガイド７４の入射端７４ｂとの間に配され、ライトガイド７４への入射光量を増減させる。光量制限機構１４５は、照明光の光路上に光量制限フィルタを挿脱する機構であり、そのフィルタを挿入すると白色光の所定波長域の光量を制限する。集光レンズ１４６は、絞り機構１４４を通過した光を集光してライトガイド７４の入射端７４ｂに導く。光源ドライバ１４３は、光源装置１３のＣＰＵ１０４に接続されており、光源ランプ１４２の光量を制御する。ＣＰＵ１０４は、プロセッサ装置１４のＣＰＵ９３と通信し、ビデオ信号を生成するときに得られる明るさ情報を取得し、その明るさ情報に基づいて補助具１２の方の光源ドライバ１４３での光源ランプ１４２の光量、及び絞り機構１４４での絞りの開閉動作の制御を行って補助具１２の照明光を調光する。

40

【００７３】

図１８で説明した実施形態では、内視鏡１１と補助具１２とで光源ランプ９９，１４２を別々に設け、しかも、これら光源ランプ９９，１４２を光源装置１４０と一緒に内蔵して

50

いる。この場合には、光源装置 140 に設けた明るさ調整ボタン 107 での手動操作により内視鏡 11 の方の絞り機構 101、及び補助具 12 の方の絞り機構 144 とのいずれか一方又は両方の絞りの開口口径を制御して照明光の明るさを調節する。最も効果的なのは、補助具 12 の方の絞り機構 144 の開口口径を制御するのが、補助具 12 の方の照明機能の光量が多いため効果的である。そこで、補助具 12 の接続の有無を監視し、補助具 12 が接続されているときには明るさ調整ボタン 107 での操作により補助具 12 の方の絞り機構 144 の開口口径を制御し、補助具 12 が接続されていないときには内視鏡 11 の方の絞り機構 101 の開口口径を制御するように構成してもよい。

【0074】

なお、図 19 に示すように、内視鏡 11 用の照明光を作成するための光源装置 13 とは別に、補助具 12 用の照明光を作成するための補助光源装置 148 を個別に使用してもよい。この場合にも補助光源装置 148 には、補助具 12 用のランプ点灯ボタン 141、補助具 12 用の照明光を作る補助照明光作成機能として、前述した主照明光作成機能 99 ~ 104 と略同に、光源ランプ 142、光源ドライバ 143、絞り機構 144、光量制限機構 145、集光レンズ 146、及び CPU 147、及び、補助具 12 の係合部 149 に設けた補助 LG 用コネクタ 150 を接続するための補助 LG 用ソケット 151 が設けられている。光源ドライバ 143 は、補助光源装置 148 に設けた CPU 147 に接続されており、光源ランプ 142 の光量を制御する。CPU 147 は、プロセッサ装置 14 の CPU 93 と通信し、ビデオ信号を生成するときに得られる明るさ情報を取得し、その明るさ情報に基づいて補助具 12 の方の光源ドライバ 143 での光源ランプ 142 の光量、及び絞り機構 144 での絞りの開閉動作の制御を行って補助具 12 の照明光を調光する。この場合、明るさ調整ボタンを補助光源装置 148 に設けることで、明るさを個別に調整することができる。

【0075】

また、上記各実施形態では、内視鏡 11 の照明機能を補助する照明手段として、ライトガイド 74 を使用した照明手段としているが、白色照明用 LED を使用する照明手段としてもよい。この場合には、図 20 に示すように、補助具 153 に複数の LED 154、ドライバ 155、及び LED 用補助コネクタ 156 を設ける。複数の LED 154 は、補助具 12 の先端面 38a に発光部を外側に向けて露呈する姿勢で設けられている。ドライバ 155 は、各 LED 154 の発光を駆動するものであり、各 LED 154 との間で信号線により電氣的接続がなされる。この信号線としては、フレキシブルな多芯ケーブルを用いるのが望ましい。

【0076】

LED 用補助コネクタ 156 は、補助具 12 の後端部から延設されているコード 157 の先端に設けられており、LED コントローラ 158 に接続される。LED コントローラ 158 は、プロセッサ装置 14 と接続されており、プロセッサ装置 14 の CPU 93 と通信して、ビデオ信号を生成するときに得られる明るさ情報を取得し、その明るさ情報に基づいて各 LED 154 の明るさを常に最良の観察状態に調節するようにドライバ 155 を制御する。LED コントローラには、ランプ点灯ボタン 159 が設けられている。このランプ点灯ボタン 159 の操作により LED 154 の発光をオン・オフすることができる。なお、同図では、ドライバ 155 を補助具 153 の後端部に内蔵しているが、これに限らず、補助具 153 の先端部に内蔵してもよいし、また、LED コントローラ 158 に内蔵してもよい。また、各 LED 154 の先端面 38a の配列形態としては、同心円上に並べた形態にしてもよいし、また、先端面 38a の中心から放射する線上に配列した形態にしてもよい。なお、LED コントローラ 158 を光源装置 13 に内蔵し、光源装置 13 に LED 用補助コネクタ 156 を接続してもよい。

【0077】

また、図 20 で説明した実施形態では、内視鏡 11 の照明機能にライトガイド 48, 49 を使用しているが、代わりに白色照明用 LED を使用してもよい。この場合、内視鏡 11 と補助具 12 とを単一の LED コントローラに接続するように構成して LED コントロ

10

20

30

40

50

ーラを兼用してもよいし、ＬＥＤコントローラを個別に設けて双方を個別に接続するように構成してもよい。

【００７８】

また、上記各実施形態では、補助具に照明機能のみを内蔵させているが、本発明ではこれに限らず、照明機能に加えて、例えば鉗子チャンネルを内蔵した補助具としてもよい。この場合、図２１に示すように、補助具１６０の挿入部３４には、先端部から後端部へと貫通する鉗子管路１６１が設けられている。この鉗子管路１６１は、一端が先端面３８ａに設けた鉗子出口１６２に、また他端は後端部に設けた鉗子入口１６３に接続されている。補助具１６０の後端部には、内視鏡１１の手元操作部１７に着脱自在に係合する係合部１６４が設けられている。係合部１６４は、手元操作部１７に設けた鉗子入口１９に着脱自在に係合され、係合することで補助具１６０の鉗子管路１６１を手元操作部１７の鉗子入口１９に繋げる短絡路１６５を有している。これにより、鉗子等の処置具は、補助具１６０の鉗子入口１６３から挿入し、挿入後に挿入方向の先端の向きを短絡部１６５と鉗子管路１６１とのいずれかに変えることで、使用する鉗子管路を内視鏡１１と補助具１２とで選択することができる。補助具１６０の先端面３８ａには、図２２に示すように、照明窓８０と鉗子出口１６２とが並設されている。なお、照明窓を２つ設けても良い。この場合、補助具１２のライトガイド７４を挿入部３４内で２つに分岐すればよい。さらに、補助具１６０の照明機構としてＬＥＤを使用する場合には、図２３に示すように、鉗子出口１６２を取り巻くように複数のＬＥＤ１６６を配列するのが好適である。

10

【００７９】

ところで、内視鏡１１としては、図１３で説明したＷＪノズル５８を備えていないものが多い。そこで、このような内視鏡１１を補助する補助具１７０としては、図２４に示すように、観察対象に向けて液体を噴出するためのウォータージェット管路（ＷＪ管路）１７１を、ライトガイド７４等を含む照明機能に加えて設ければよい。この場合、補助具１７０の後端部に送水装置１７２を接続するためのウォータージェット口（ＷＪ口）１７３を設け、ＷＪ管路１７１の後端をＷＪ口１７３に接続する。ＷＪ管路１７１の先端は、先端面３８ａに設けたウォータージェットノズル（ＷＪノズル）１７４に接続されている。

20

【００８０】

送水装置１７２は、送水用ポンプ１７５、そのポンプ１７５の駆動を制御する制御部１７６、フットスイッチ１７７、及び送水用ポンプ１７５に接続された送水タンク１７８を有する。制御部１７６は、フットスイッチ１７７の押下操作に応答して送水用ポンプ１７５を駆動して送水タンク１７８の液体を補助具１７０に送り込む。送り込まれた液体は、ＷＪ管路１７１を通してＷＪノズル１７４から噴出する。ＷＪノズル１７４やＷＪ管路１７１は、ライトガイド７４に比べて小径でよいので、照明窓８０を大径に維持することができる。なお、補助具１７０に設けるＷＪノズル１７４の数は複数でもよい。この場合、ＷＪ管路を平行に配し、ＷＪ口も個別に設けることで、異なる液体を同時に噴出することができる。また、送水装置１７２の代わりに、図１３で説明したシリンジを取り付けても良い。

30

【００８１】

また、上記各実施形態では、固定手段として磁石体２３，２４，４１，４２を双方に設け、磁石体同士の磁着により双方の先端部を固定しているが、本発明ではこれに限らず、一方に電磁石を、他方に磁性体を設け、電磁石を設けた一方に電磁石をオン・オフするための操作部を設ける構造にしてもよい。電磁石は、操作部の操作に応答して電磁石に電流が流れて磁性体に磁着する。内視鏡１１に電磁石を設ける場合には、ユニバーサルコネクタ１８を介して光源装置１３又はプロセッサ装置１４から電流を伝送すればよい。逆に補助具１２に電磁石を設ける場合には、電流を取り入れる端子を補助具１２の後端部に設け、その端子と光源装置１３又はプロセッサ装置１４を接続する構造としてもよいし、別に電源装置を用意し、その電源装置と補助具１２の端子とを接続する構造としてもよい。

40

【００８２】

また、固定手段としては、磁力を利用する固定手段に限らず、図２５に示すように、補

50

助具 180 の挿入部 34 の内部空間にライトガイド 74 とは別に、スネア型の捕捉具 181 を挿通するための捕捉用管路 182 を設け、捕捉具 181 の先端に設けた捕捉用ループ 183 で内視鏡 11 の先端部を捕捉して、互いの先端部を先端面 20a, 38a が同じ向きになるように固定する構造としてもよい。捕捉用管路 182 は、ライトガイド 74 に比べ小径となっており、一端が補助具 12 の先端部に設けた管路出口 184 に、また、他端が後端部に設けた管路入口 185 にそれぞれ接続されている。捕捉具 181 は、シース内に弾性ワイヤを摺動自在に収容したものであり、先端に弾性ワイヤを折り曲げて形成した開閉自在な捕捉用ループ 183 を、また、後端には管路入口 185 から露呈するハンドル 186 をそれぞれ持っている。

【0083】

捕捉具 181 は、ハンドル 186 をシースに対して押し引きすることで捕捉用ループ 183 が、シース内に引き込まれた状態では窄まった状態に弾性変形し、シース内から前方に押し出されるとループ状に膨む。鼻孔に挿入するときには、窄まった状態にしておき、先端部同士を固定するときにはループ状に膨らませ、内視鏡 11 の挿入部 16 の先端部を捕捉した後はハンドル 186 を引くことで、捕捉用ループ 183 がすばまって内視鏡 11 側の先端部を補助具 180 側の先端部に固定することができる。

【0084】

この場合、捕捉用ループ 183 を突出させる管路出口 184 を、補助具 180 の先端部 38 の後端側の周面に形成すれば、捕捉時に先端部同士を並行に密着させることができる。この実施形態では、先端部同士を固定するとき、内視鏡 11 側の先端部を補助具 12 よりも挿入方向の後方に位置させておけば、捕捉用ループ 183 がモニタ 15 の画面に映るため、そのループ 183 の画像を見ながら内視鏡 11 側の先端部が捕捉用ループ 183 に通るように内視鏡 11 の挿入部 16 を挿入していけばよい。そのため、確実な固定が行える。なお、捕捉具 181 を内視鏡 11 側に設けてもよい。

【0085】

さらに、上記各実施形態では、補助具に白色光を用いた通常観察用の照明機能を用いているが、本発明ではこれに限らず、例えば狭帯域光を用いる NBI (Narrow Band Imaging)、赤外光を用いる IRI (Infra Red Imaging)、自家発光の励起光を用いる AFI (Auto Fluorescence Imaging) 等の特殊光を使用した観察に用いる照明機能を設けても良い。特殊光は、前述した白色光を用いた観察では観察しにくかった小さな病変をより観察しやすくするために使用される。特殊光を用いた観察では、光の波長を制御することで、粘膜表層の毛細血管や、わずかな粘膜の肥厚、深部血管などを強調して映し出す。このような特殊光を用いた補助具を用いる場合、特殊光作成機能を内蔵する特殊光光源装置を補助具に接続する。そして、内視鏡の白色光をランプ点灯ボタンの操作でオフし、特殊光光源装置に設けた補助具用のランプ点灯ボタンをオンする。これにより、通常観察と特殊光観察とを切り換えて行える。これにより、特殊光観察専用の内視鏡に逐一交換する手間が省ける。

【0086】

狭帯域光を用いる狭帯域光観察 (Narrow Band Imaging: NBI) では、血液中のヘモグロビンに吸収されやすい狭帯域化された 2 つの波長 (390 ~ 445nm / 530 ~ 550nm) の光を照射することにより、粘膜表層の毛細血管、粘膜微細模様の強調表示をする。このため、前述した 2 種類の波長の光を補助具に設けた 2 つの照明窓から個別に照射するように構成すればよい。

【0087】

(近) 赤外光を用いる赤外光観察 (Infra Red Imaging: IRI) では、2 つの赤外光 (790 ~ 820nm / 905 ~ 970nm) を照射することにより、通常の白色光での観察では視認が難しい粘膜深部の血管や血流情報を強調表示する。粘膜深部の血管などをより高いコントラストで観察するために、赤外光が吸収されやすい赤外指標薬剤を静脈注射した上で、赤外指標薬剤の吸収が最も強い波長 (790 ~ 820nm) と、赤外指標薬剤の吸収が最も弱い波長 (905 ~ 970nm) との 2 種類の赤外波長の光を照射することにより、粘膜下層の血管像を青色で観察を行う。したがって、前述した 2 種類の赤外光を補助具に設けた 2 つの照明窓から照

10

20

30

40

50

射するように構成すればよい。

【 0 0 8 8 】

自家蛍光の励起光を用いる自家蛍光観察(Auto Fluorescence Imaging : A F I)では、コラーゲンなどの蛍光物質からの自家蛍光を観察するための励起光(390~470nm)と、血液中のヘモグロビンに吸収される波長(540~560nm)の光を照射することにより、腫瘍性病変と正常粘膜を異なる色調で強調表示する。この場合も、前述した励起光と波長の光とを個別に照射する2つの照明窓を補助具に設ければよい。自家蛍光は極めて微弱な光である。このため、高感度のCCD等の撮像素子を搭載した内視鏡と併用して使用すればよい。

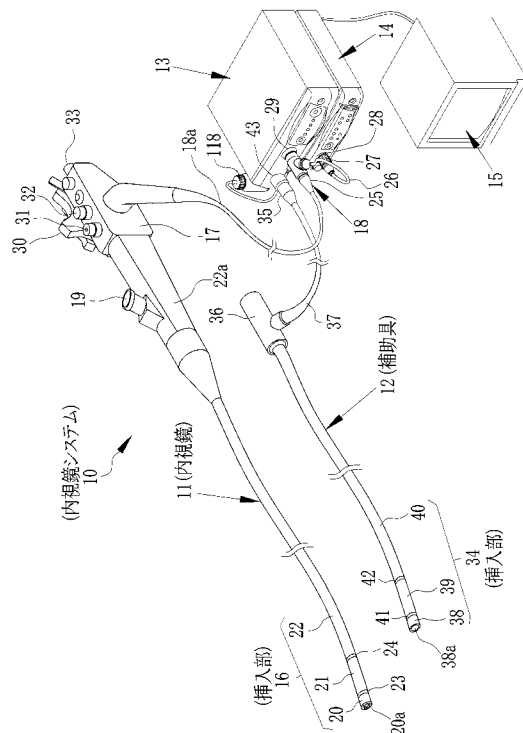
【符号の説明】

【 0 0 8 9 】

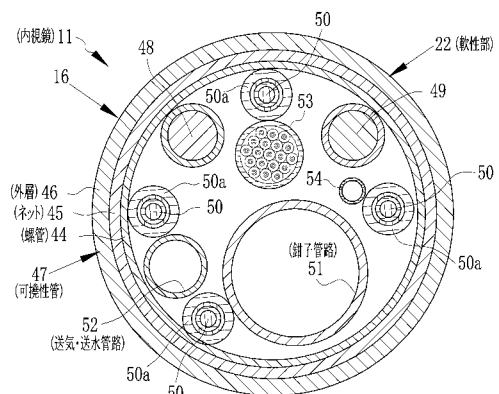
- 10 内視鏡システム
- 11 内視鏡
- 12 補助具 12, 153, 160, 170, 180
- 16 内視鏡側の挿入部
- 34 補助具側の挿入部
- 48, 49 内視鏡のライトガイド
- 55 観察窓
- 74 補助具のライトガイド
- 79 補助具の照明レンズ

10

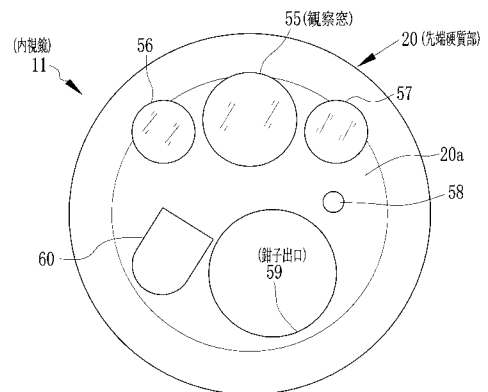
【 図 1 】



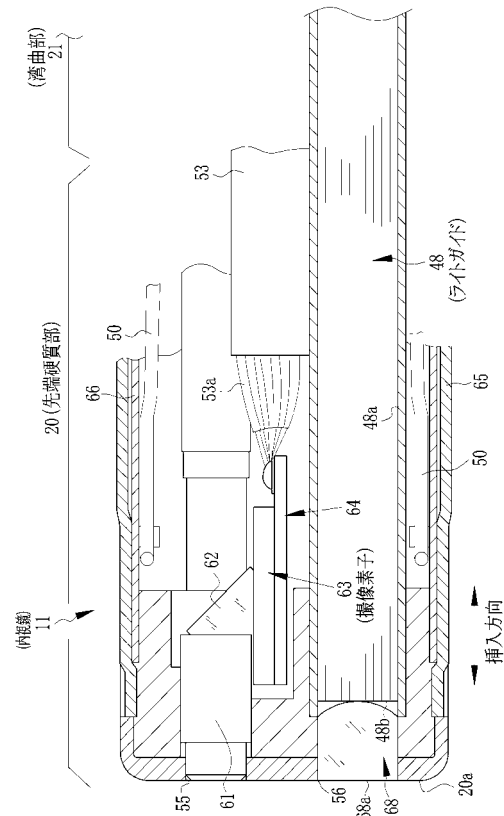
【 図 2 】



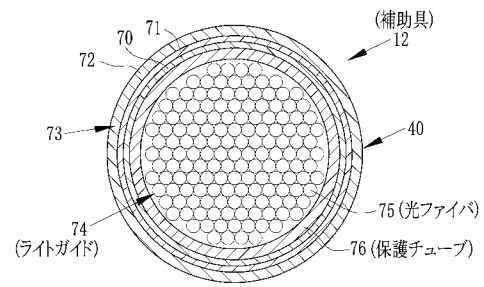
【 図 3 】



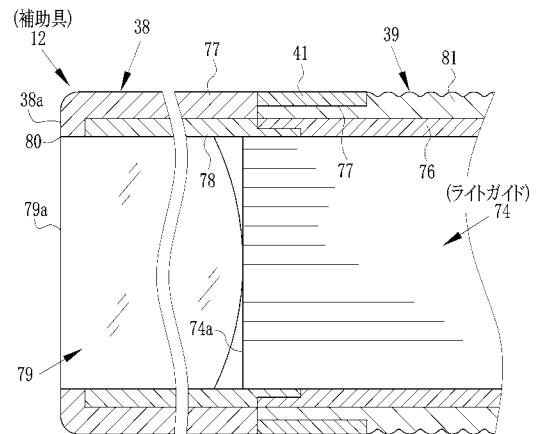
【 図 4 】



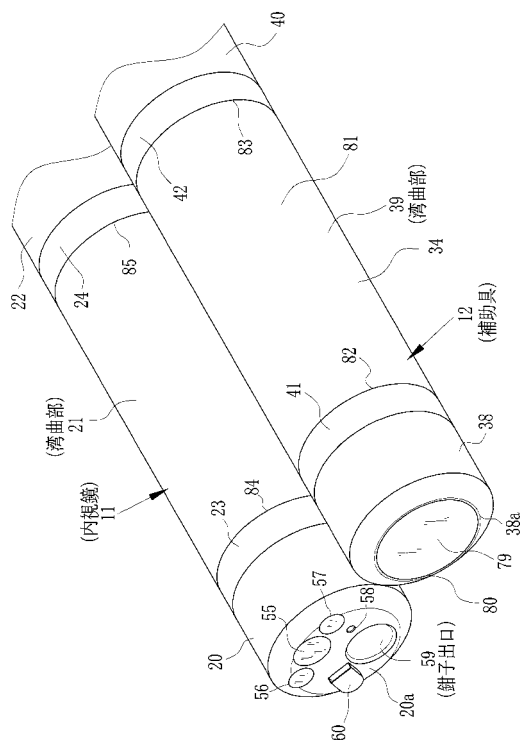
【 図 5 】



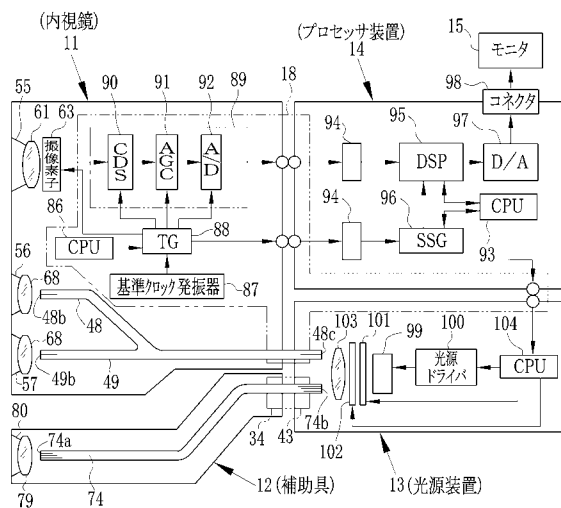
【 図 6 】



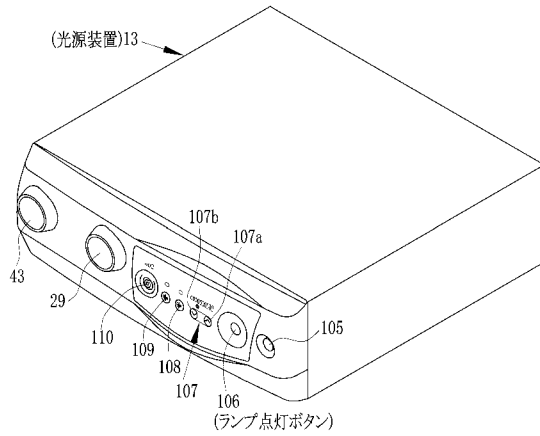
【圖 7】



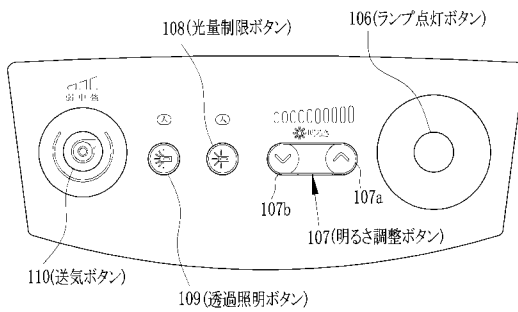
【 図 8 】



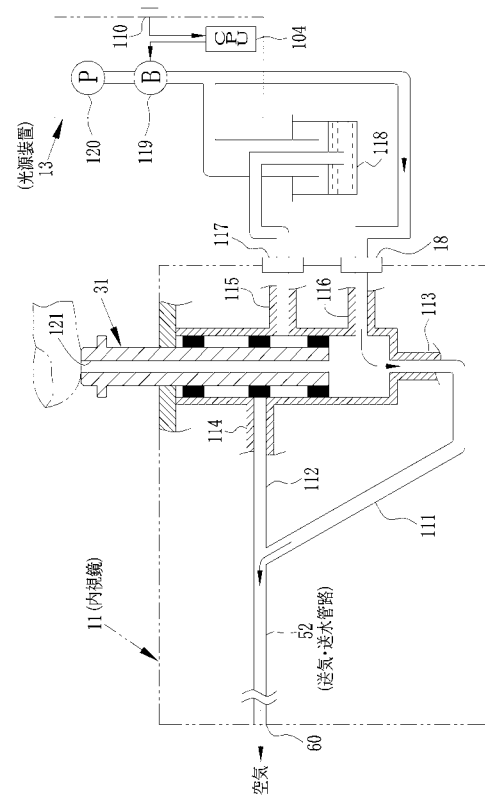
【図 9】



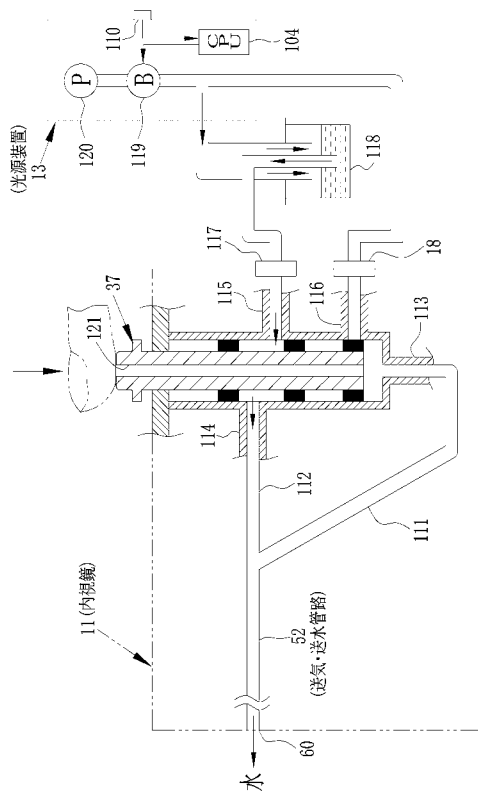
【図 10】



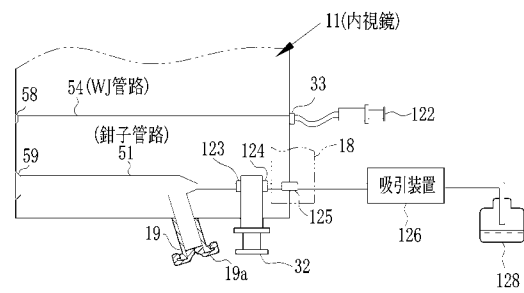
【図 11】



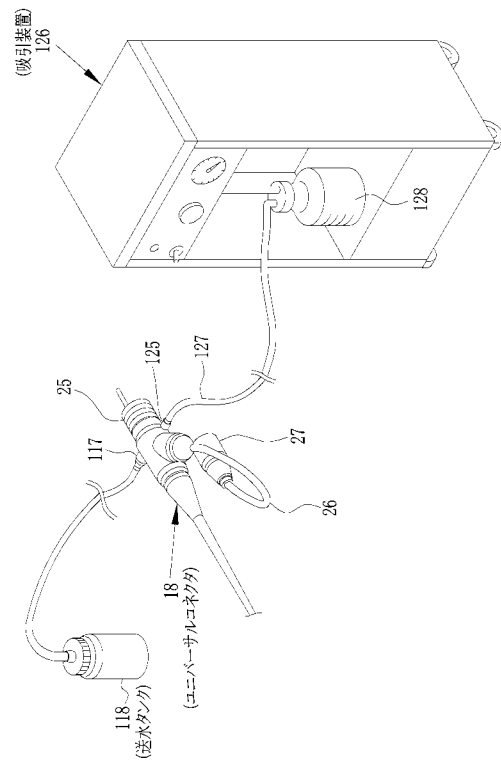
【図 12】



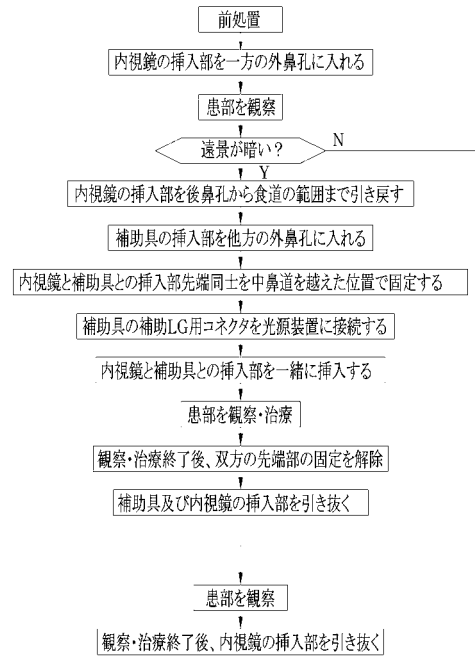
【図 13】



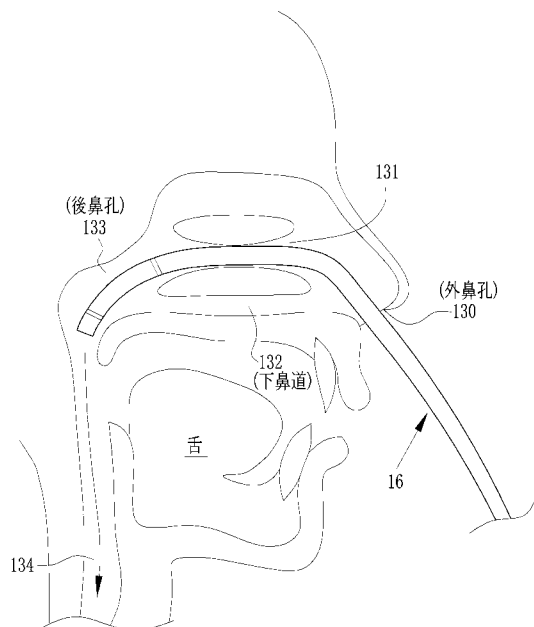
【図 14】



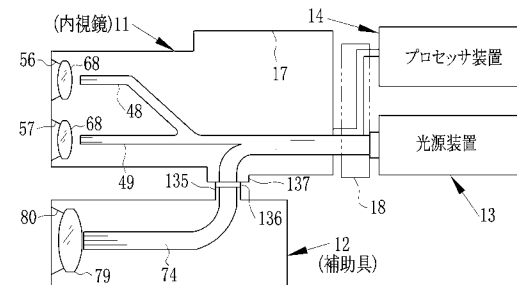
【図 15】



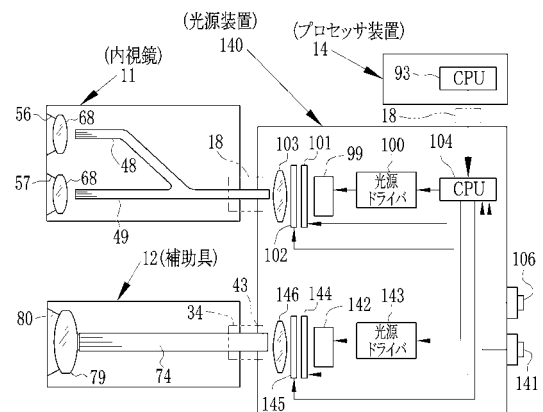
【図 16】



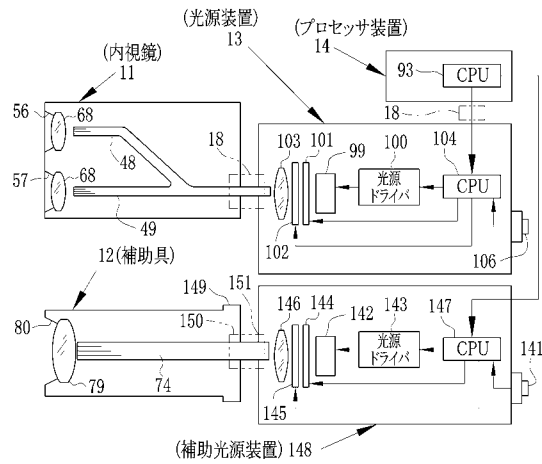
【図 17】



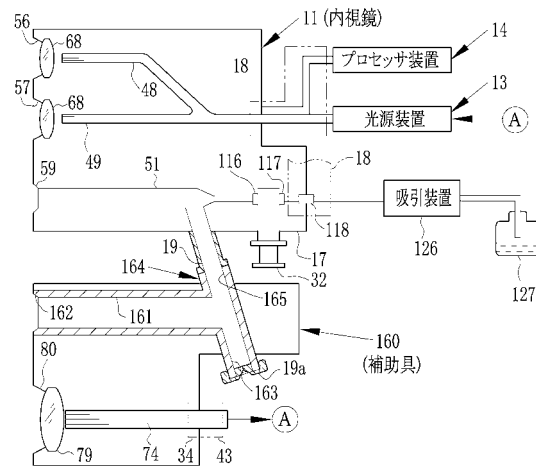
【図 18】



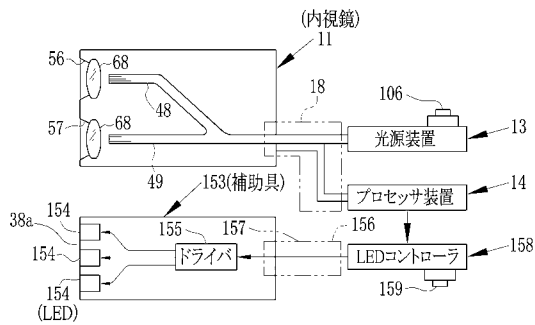
【図 19】



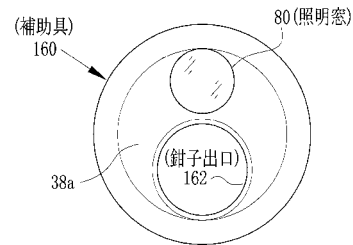
【図 21】



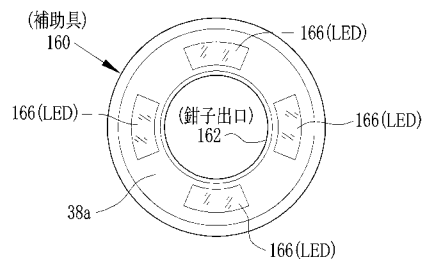
【図 20】



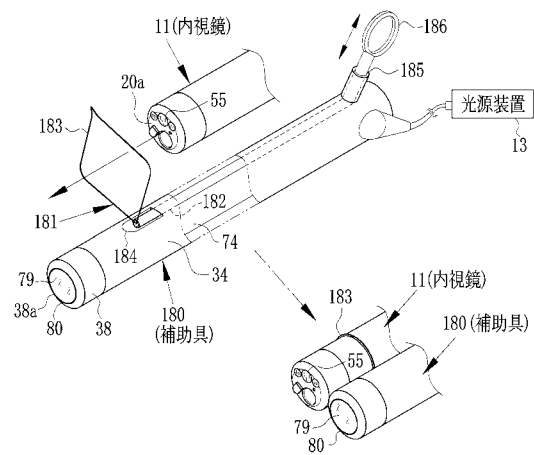
【図 22】



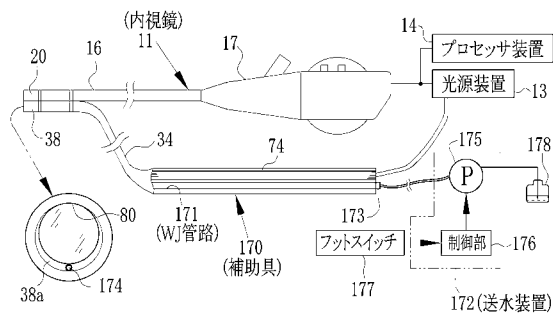
【図 23】



【図 25】



【図 24】



フロントページの続き

- (72)発明者 池田 利幸
神奈川県足柄上郡開成町宮台 7 9 8 番地 富士フイルム株式会社内
- (72)発明者 井上 正也
神奈川県足柄上郡開成町宮台 7 9 8 番地 富士フイルム株式会社内
- (72)発明者 関 正広
神奈川県足柄上郡開成町宮台 7 9 8 番地 富士フイルム株式会社内
- (72)発明者 西野 朝春
神奈川県足柄上郡開成町宮台 7 9 8 番地 富士フイルム株式会社内
- (72)発明者 井山 勝蔵
神奈川県足柄上郡開成町宮台 7 9 8 番地 富士フイルム株式会社内

審査官 小田倉 直人

- (56)参考文献 特開平 1 1 - 2 1 6 1 1 5 (J P , A)
特開 2 0 0 8 - 0 4 8 9 0 5 (J P , A)
特開 2 0 0 7 - 3 0 1 0 9 8 (J P , A)
特開 2 0 0 6 - 1 9 8 4 2 4 (J P , A)
特開 2 0 0 4 - 3 5 7 9 9 4 (J P , A)
実開昭 5 0 - 0 7 5 7 9 4 (J P , U)
特開 2 0 0 8 - 1 7 8 6 5 4 (J P , A)

(58)調査した分野(Int.Cl. , D B 名)

A 6 1 B 1 / 0 0
A 6 1 B 1 / 0 6

专利名称(译)	辅助工具和使用它的内窥镜系统		
公开(公告)号	JP5547325B2	公开(公告)日	2014-07-09
申请号	JP2013120559	申请日	2013-06-07
[标]申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
当前申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
[标]发明人	鳥居雄一 新井治彦 古賀健彦 池田利幸 井上正也 関正広 西野朝春 井山勝蔵		
发明人	鳥居 雄一 新井 治彦 古賀 健彦 池田 利幸 井上 正也 関 正広 西野 朝春 井山 勝蔵		
IPC分类号	A61B1/00 A61B1/06		
FI分类号	A61B1/00.300.U A61B1/00.334.A A61B1/06.A A61B1/00.332.A A61B1/00.650 A61B1/00.732 A61B1/012.511 A61B1/015.511 A61B1/018.511 A61B1/06.510 A61B1/06.612 A61B1/07.730		
F-TERM分类号	4C161/AA01 4C161/FF43 4C161/GG02 4C161/HH02 4C161/HH04 4C161/HH05 4C161/QQ02 4C161/QQ06 4C161/QQ07		
代理人(译)	小林和典		
其他公开文献	JP2013188526A		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

摘要：要解决的问题：为内窥镜提供辅助工具，以便有利地执行用经鼻内窥镜限制的观察，使监视器屏幕变暗，并为内窥镜系统提供辅助工具。解决方案：辅助工具153与经鼻内窥镜11一起使用，该鼻内窥镜11具有从外部鼻孔之一插入的插入部分，并且具有从另一个外部鼻孔插入的插入部分。用于白色照明的多个LED 154设置在插入部分的前端。LED 154布置成使得发光部分从插入部分的前端表面38a暴露。LED154在体腔内发光以曝光照明光，从而辅助经鼻内窥镜11的照明功能。

