

(19) 日本国特許庁 (JP)

(12) 特 許 公 報 (B2)

(11) 特許番号

特許第4451316号
(P4451316)

(45) 発行日 平成22年4月14日 (2010. 4. 14)

(24) 登録日 平成22年2月5日 (2010. 2. 5)

(51) Int. Cl.

F 1

A 6 1 B 1/00 (2006. 01)

G 0 2 B 23/24 (2006. 01)

G 0 2 B 23/26 (2006. 01)

A 6 1 B 1/00 3 0 0 P

A 6 1 B 1/00 3 0 0 Q

A 6 1 B 1/00 3 0 0 Y

A 6 1 B 1/00 3 0 0 D

G 0 2 B 23/24 A

請求項の数 5 (全 24 頁) 最終頁に続く

(21) 出願番号 特願2005-3195 (P2005-3195)
 (22) 出願日 平成17年1月7日 (2005. 1. 7)
 (65) 公開番号 特開2006-187546 (P2006-187546A)
 (43) 公開日 平成18年7月20日 (2006. 7. 20)
 審査請求日 平成18年9月28日 (2006. 9. 28)

(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 大田原 崇
 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 長井 真一

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 内視鏡用挿入部及び内視鏡

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項 1】

先端部を先端部分に有し、体腔内に挿入される内視鏡用挿入部であって、
 前記先端部に配設され、複数の撮像手段に夫々、入射光を導くための複数の観察窓と、
 前記先端部に配設され、前記複数の観察窓に向けて気体または液体を噴出する送気送水
 手段と、を具備し、

前記先端部の先端面は、前記送気送水手段の噴出方向において、前記複数の観察窓の外
 表面と前記複数の観察窓間の前記先端部の外表面とを略同一平面に形成し、かつ、前記送
 気送水手段が設けられている前記先端面の外表面を、前記複数の観察窓が設けられている
 前記先端面の外表面に対して前記先端部の基端側に所定の高さだけ低く形成したことを特
 徴とする内視鏡挿入部。

【請求項 2】

前記複数の撮像手段は、1つが通常光観察を行う第1の撮像手段であって、他の1つが
 特殊観察を行う第2の撮像手段であることを特徴とする請求項1に記載の内視鏡用挿入部
 。

【請求項 3】

前記特殊観察は、蛍光観察であることを特徴とする請求項2に記載の内視鏡用挿入部。

【請求項 4】

前記第1の撮像手段及び前記第2の撮像手段は、どちらか一方が他方に対して拡大倍率
 の高い光学系を備えていることを特徴とする請求項2又は請求項3に記載の内視鏡用挿入

部。

【請求項 5】

請求項 1 から請求項 4 のいずれかに記載の内視鏡用挿入部を備えた内視鏡。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

本発明は、内視鏡用挿入部及び、特に、複数の観察光学系を有する内視鏡に関する。

【背景技術】

【0002】

従来より、内視鏡は、医療分野等で広く利用されている。内視鏡は、例えば、体腔内に細長い挿入部を挿入することによって、体腔内の臓器等を観察したり、必要に応じて処置具挿通チャンネル内に挿入した処置具を用いて各種処置をすることができる。挿入部の先端には、湾曲部が設けられ、内視鏡の操作部を操作することによって、先端部の観察窓の観察方向を変更させることができる。

10

【0003】

一般に、内視鏡の対物光学系の外表面は、体腔内に挿入された際に、体液等が付着して観察の妨げになる場合があるため、洗滌用の送気送水ノズルを設けている。そして、内視鏡の対物光学系の外表面は、送気送水ノズルから洗浄液が噴出されたり、空気が吹き付けられる等して清浄な観察視野を確保できるようにしている。

例えば、特許文献 1 に記載されるように、複数の対物光学系を有する内視鏡が提案されている。この内視鏡は、複数の撮像ユニットを有し、複数の対物光学系と送気送水ノズルの開口部とが略直線上に並ぶように、挿入部先端に配置されている。

20

【0004】

また、近年に利用されている内視鏡は、各種鉗子を挿通したり、体腔内の体液、汚物などを吸引したりする管路（以下、処置具チャンネルという）と、被検部位である患部に付着する粘膜などを洗浄するために、患部方向へ洗浄液を吹き付けるための管路（以下、前方送水チャンネルという）を有している。これら処置具チャンネル及び前方送水チャンネルの各開口部は、先端部の先端面に配設されている。

【0005】

なお、撮像ユニットが 1 つのみ配設されている内視鏡において、例えば、特許文献 2 に記載されるように、レンズとノズルとの間に凸部を設けた内視鏡が開示されている。さらに、例えば、特許文献 3 には、先端面に平坦部を有する先端カバーを有し、この平坦部から所定高さ突出した観察窓と、この観察窓の先端面周縁と前記平坦部との間に傾斜部が形成され、前記平坦部から前記観察窓と同じ所定高さ突出した照明窓が前記平坦部から前記観察窓に対向して設けられた内視鏡が開示されている。

30

【特許文献 1】特開平 06 - 154155 号公報

【特許文献 2】特開平 03 - 165731 号公報

【特許文献 3】特開 2003 - 210388 号公報

【発明の開示】

【発明が解決しようとする課題】

40

【0006】

特許文献 1 の内視鏡は、1 つの送気送水ノズルにより複数の対物光学系の外表面を洗浄する構成となっている。この構成による内視鏡は、複数の対物光学系の夫々のレンズ面（外表面）が同一の面内にないと効率良く複数の対物光学系に洗浄液又は空気を吹き付けることができない。また、複数の対物光学系の外表面（レンズ面）間に段差があると、送気送水ノズルから最も遠方側の対物光学系に効率良く洗浄液又は空気が流れない場合がある。

【0007】

さらに、処置具チャンネル及び前方送水チャンネルの開口部に洗浄液又は空気が流れ込むと、複数の観察光学系の外表面に効率良く確実に洗浄液又は空気が吹く付けられなくな

50

ってしまう。

しかしながら、特許文献 1 の内視鏡は、前方送水チャンネルを有しておらず、上述の種々の点に着目した構成となるような特徴についての記載がされていない。また、特許文献 2 及び 3 に記載されている内視鏡においては、撮像ユニットが 1 つのみである。

【 0 0 0 8 】

そこで、本発明の内視鏡は、上述の事情に鑑みて成されたものであり、送気又は送水を行う送気送水ノズルの噴出方向に複数の撮像ユニットの観察光学系を略直線上に配置し、これら観察光学系の外表面に付着する汚物などを 1 つの送気送水ノズルにより効率よく除去して各観察光学系の観察視野を確保することを目的としている。

【課題を解決するための手段】

【 0 0 0 9 】

上記目的を達成すべく、本発明の内視鏡用挿入部及び内視鏡は、先端部を先端部分に有し、体腔内に挿入される内視鏡用挿入部であって、前記先端部に配設され、複数の撮像手段に夫々、入射光を導くための複数の観察窓と、前記先端部に配設され、前記複数の観察窓に向けて気体または液体を噴出する送気送水手段と、を具備し、前記先端部の先端面は、前記送気送水手段の噴出方向において、前記複数の観察窓の外表面と前記複数の観察窓間の前記先端部の外表面とを略同一平面に形成し、かつ、前記送気送水手段が設けられている前記先端部の外表面を前記複数の観察窓が設けられている前記先端部の外表面に対して、前記先端部の基端側に所定の高さだけ低く形成した。

【発明の効果】

【 0 0 1 0 】

本発明は、先端部の先端面に配設される複数の観察光学系の外表面に付着する汚物などを送気送水ノズルにより効率よく除去し、各観察光学系の観察視野を確保する内視鏡を実現できる。

【発明を実施するための最良の形態】

【 0 0 1 1 】

(第 1 の実施の形態)

以下、図面を参照して本発明の実施の形態を説明する。

先ず、図 1 に基づき、本実施の形態に係わる内視鏡システムの構成を説明する。図 1 は本発明の第 1 の実施の形態に係る内視鏡システムの構成を概略的に示した説明図である。

【 0 0 1 2 】

図 1 に示すように本発明の内視鏡システム 1 は、本実施の形態において、通常光観察及び蛍光観察を行える内視鏡 2 と、この内視鏡 2 に照明光を供給する光源装置 3 と、内視鏡 2 に対する信号処理を行う信号処理装置としてのプロセッサ 4 と、このプロセッサ 4 から出力される映像信号が入力されることにより、通常観察用又は蛍光観察用の各内視鏡画像を表示するモニタ 5 と、送気送水を行う送気送水装置 6 と、前方送水を行う前方送水装置 6 a とを備えている。

【 0 0 1 3 】

内視鏡 2 は、体腔内に挿入し易いように細長な内視鏡用挿入部（以下、単に挿入部という）11 と、この挿入部 11 の基端に連結される操作部 12 と、この操作部 12 の側部から延出するユニバーサルケーブル 13 とを有している。このユニバーサルケーブル 13 の端部に設けられたコネクタ 14 は、光源装置 3 に着脱自在に接続される。

また、内視鏡 2 の挿入部 11 は、その先端に形成される硬質の先端部 15 と、この先端部 15 の基端に形成される湾曲部 16 と、この湾曲部 16 の基端から操作部 12 まで形成される可撓性を備えた可撓管部 17 と、を有して構成されている。

【 0 0 1 4 】

挿入部 11 内には、照明光を伝送するライトガイド 21 が挿通されている。このライトガイド 21 は、操作部 12 を介してユニバーサルケーブル 13 内に挿通され、基端部 22 がコネクタ 14 から突出する図示しないライトガイドコネクタに接続されている。

また、このライトガイド 21 の先端部分は、先端部 15 内において固定されている。尚

10

20

30

40

50

、先端部 15 の先端部分には、照明光学系である後述する照明ユニットの照明レンズ 25 が配設され、ライトガイド 21 から照明レンズ 25 を介して照明光が出射される。また、先端部 15 の先端面には先端カバー 24 が設けてある。

【0015】

尚、本実施の形態では、ライトガイド 21 は、例えば操作部 12 内で分岐され、挿入部 11 において 2 本に分割され、挿通されている。そして、2 本に分割された各ライトガイド 21 の先端面は、先端カバー 24 に設けられた 2 つの照明レンズ 25 の背面近傍に夫々配置される。

【0016】

また、挿入部 11 内には、鉗子等の処置具を挿通可能とする（図 1 では省略している）第 1 の管路である処置具チャンネル（鉗子チャンネルともいう）が設けてあり、この処置具チャンネルの先端は、先端カバー 24 の先端面において開口している。

この処置具チャンネルは、挿入部 11 の基端付近で分岐し、一方は操作部 12 に配設される図示しない処置具挿入口まで挿通している。また他方は、挿入部 11 及びユニバーサルケーブル 13 内を通過して吸引チャンネルに連通し、その基端がコネクタ 14 を介して、図示しない吸引手段に接続される。

【0017】

先端部 15 の内部には、2 つの撮像ユニットが配設されている。本実施の形態においては、通常光観察のための第 1 の撮像手段である通常光観察用撮像ユニット（以下、通常光撮像ユニットという）31A と、特殊観察のための第 2 の撮像手段である蛍光観察用撮像ユニット（以下、蛍光撮像ユニットという）31B とが内蔵されている。

【0018】

尚、本実施の形態において、第 2 の撮像手段は、特殊観察である蛍光観察を行える蛍光観察用撮像ユニットであるが、例えば、暗視観察用撮像ユニット、赤外線観察用撮像ユニットなどでもよく、特に蛍光観察用に限定されるものではない。

【0019】

通常光撮像ユニット 31A 及び蛍光撮像ユニット 31B には、信号ケーブル 38a、38b の一端が夫々接続されている。これら信号ケーブル 38a、38b の他端は、操作部 12 及びユニバーサルケーブル 13 内に挿通しており、コネクタ 14 内に設けられるリレー基板 42 において、共通の信号ケーブル 43 と切り換え可能に接続されている。

この共通の信号ケーブル 43 は、コネクタ 14 に接続されるスコープケーブル 44 内を通過してプロセッサ 4 に接続される。

【0020】

このプロセッサ 4 内には、通常光撮像ユニット 31A 及び蛍光撮像ユニット 31B の撮像素子をそれぞれ駆動するドライブ回路 45a、45b と、リレー基板 42 を介して前記 2 つの撮像素子から夫々出力される撮像信号に対して信号処理を行う信号処理回路 46 と、信号処理回路 46 等の動作状態を制御する制御回路 47 とが設けられている。

また、内視鏡 2 の操作部 12 には、制御スイッチ 48a、48b と、送気送水ボタン 63 と、図示しない湾曲操作ノブと、通常光撮像ユニット 31A のテレ/ズーム操作を行う図示しないスイッチ（テレ/ズーム用ボタンともいう）と、図示しない前方送水ボタンと、上述の処置具挿通口（不図示）が設けられている。

これら制御スイッチ 48a、48b は、夫々信号線 49a、49b を介してプロセッサ 4 の制御回路 47 と接続されている。本実施の形態においては、例えば制御スイッチ 48a は、切換を指示する信号を発生し、制御スイッチ 48b は、例えばフリーズ指示の信号を発生する。

【0021】

リレー基板 42 は、例えば、制御スイッチ 48a の操作に応じて、各撮像素子にそれぞれ接続された信号ケーブル 38a、38b のうちの一方が共通の信号ケーブル 43 と接続された状態から他方の信号ケーブルが前記信号ケーブル 43 と接続されるように切換動作を行う。

10

20

30

40

50

【 0 0 2 2 】

具体的には、例えば、制御スイッチ 4 8 a が操作されることにより、スコープケーブル 4 4 内に挿通しており、制御回路 4 7 に電氣的に接続された切換信号線 4 9 c を介して、リレー基板 4 2 へ切換信号が出力される。切換信号線 4 9 c が接続されるリレー基板 4 2 は、制御回路 4 7 からの信号の入力端が通常において、L (LOW) レベルの状態となっており、切換制御端子をプルダウンしており、その状態において通常光撮像ユニット 3 1 A の信号ケーブル 3 8 a が共通の信号ケーブル 4 3 と接続されるようになっている。また、起動開始状態でも、切換制御端子は、L レベルとなるようにしている。つまり、切り換え指示の操作が行われないと、通常光観察状態に設定されている。

この状態において、ユーザが、制御スイッチ 4 8 a を操作すると、制御回路 4 7 からの信号が切換信号線 4 9 c を介してリレー基板 4 2 の入力端に H (HIGH) レベルとなる制御信号が印加され、切換制御端子をプルアップし、その状態において蛍光撮像ユニット 3 1 B の信号ケーブル 3 8 b が共通の信号ケーブル 4 3 と接続されるようになっている。

【 0 0 2 3 】

さらに、制御スイッチ 4 8 a を操作すると、切換制御端子に L レベルの信号が供給され、通常光撮像ユニット 3 1 A の信号ケーブル 3 8 a が共通の信号ケーブル 4 3 と接続されるようになっている。

【 0 0 2 4 】

また、制御スイッチ 4 8 a の操作に伴い、制御回路 4 7 は、光源装置 3 内の制御回路 5 8 にも、スコープケーブル 4 4 内の制御信号線 4 9 d を介して制御信号を送り、制御回路 5 8 は、その制御信号に応じて通常観察光又は蛍光観察用の励起光を発生する状態に制御する。さらにまた、制御回路 4 7 は、信号処理回路 4 6 の動作状態を通常光撮像ユニット 3 1 A 及び蛍光撮像ユニット 3 1 B の各撮像素子に対応して動作を行うように制御する。

光源装置 3 は、励起光の波長を含む白色光を発生するランプ 5 1 と、このランプ 5 1 の光を平行な光束にするコリメータレンズ 5 2 と、このコリメータレンズ 5 2 の光路中に配置され、例えば可視光波長帯域 (380 nm ~ 780 nm) における R (RED), G (GREEN), B (BLUE) の波長帯域の光をそれぞれ通す RGB フィルタを周方向に設けた回転フィルタ 5 3 と、この回転フィルタ 5 3 の透過光を集光してライトガイド 2 1 の基端部 2 2 に出射する集光レンズ 5 4 とを有する。

【 0 0 2 5 】

また、RGB フィルタが設けられた回転フィルタ 5 3 には、周方向の外側に、可視光の波長帯域より短波長の波長帯域の励起光を通す励起光用フィルタが設けてある。また、この回転フィルタ 5 3 は、モータ 5 5 により回転駆動される。さらに、このモータ 5 5 は、ラック 5 6 に取り付けられており、このラック 5 6 に噛合するギヤ付きモータ 5 7 により、矢印で示すように照明光軸と直交する方向に移動できるようになっている。

このギヤ付きモータ 5 7 は、制御回路 5 8 により制御される。また、この制御回路 5 8 は、制御信号線 4 9 d を介してプロセッサ 4 の制御回路 4 7 と接続され、制御スイッチ 4 8 a の操作により、対応する制御動作を行う。

また、先端部 1 5 には、先端カバー 2 4 に配置された通常光撮像ユニット 3 1 A 及び蛍光撮像ユニット 3 1 B の各対物レンズ (後に、観察レンズということもある) の外表面に、その噴出口が向くようにして送気送水手段である送気送水ノズル 6 0 が配置されている。

この送気送水ノズル 6 0 は、後述するように、その先端側が合流して 1 つになっている送気送水管路 6 1 に接続され、送気送水管路 6 1 の基端側が送気管路 6 1 a と送水管路 6 1 b に分岐している。

送気送水ノズル 6 0 に連通する送気管路 6 1 a 及び送水管路 6 1 b は、ユニバーサルケーブル 1 3 のコネクタ 1 4 まで挿通しており、送気及び送水を行う図示しないポンプを内蔵した送気送水装置 6 に接続される。

【 0 0 2 6 】

送気管路 6 1 a 及び送水管路 6 1 b は、その中途となる操作部 1 2 において、前述の送気送水ボタン 6 3 が介装されており、この送気送水ボタン 6 3 が操作されることにより、送気及び送水が行われる。

【 0 0 2 7 】

これにより送気送水ノズル 6 0 は、空気などの気体又は蒸留水などの液体を噴出方向に配置された通常光撮像ユニット 3 1 A 及び蛍光撮像ユニット 3 1 B の各対物レンズの外表面に吹き付けて、体液、付着物等を除去及び洗浄して、清浄な状態での撮像及び観察視野を確保できるようにしている。

【 0 0 2 8 】

さらに、挿入部 1 1 内には、体腔内の被検部位に蒸留水などの液体を送水するための第 2 の管路である前方送水チャンネル（図 1 では省略している）が設けてあり、この前方送水チャンネルの先端は、先端カバー 2 4 の先端面において開口している。

この前方送水チャンネルは、前方送水装置 6 a に接続されており、操作部 1 2 に配設される図示しない前方送水ボタンが介装されている。この前方送水ボタンが操作されると、挿入部 1 1 の先端面から体腔への挿入方向に向かって蒸留水などの液体が吹き付けられる。これにより、体腔内の被検部位に付着した体液などを洗浄することができる。尚、図 1 に示すように、前方送水装置 6 a から延出するケーブルにフットスイッチ 6 b が接続されており、このフットスイッチ 6 b の操作により、ユーザは、挿入部 1 1 の先端面から体腔への挿入方向に向かって蒸留水などの液体を吹き付けることもできる。

【 0 0 2 9 】

図 2 ～図 4 に示すように、挿入部 1 1 の先端部 1 5 に配設される先端カバー 2 4 には、通常光撮像ユニット 3 1 A の第 1 の観察窓である観察レンズ 3 1 a と、蛍光撮像ユニット 3 1 B の第 2 の観察窓である観察レンズ 3 1 b と、2 つの照明レンズ 2 5 a , 2 5 b と、処置具チャンネルの開口部 2 6 と、前方送水チャンネルの開口部 2 7 と、が配設されている。また、前述したように、先端カバー 2 4 には、噴出口 6 0 a が観察レンズ 3 1 a , 3 1 b に向くようにして送気送水ノズル 6 0 が配置されている。

尚、図 2 及び図 3 は内視鏡の先端カバー部分を示す斜視図、図 4 は先端カバーを正面から見た平面図である。また、2 つの観察レンズ 3 1 a , 3 1 b は、光学部材である。

【 0 0 3 0 】

具体的には、先端部 1 5 を先端から見たときに略円形状の先端カバー 2 4 の先端面には、略中央に観察レンズ 3 1 a が配設され、この観察レンズ 3 1 a を挟むように図 4 の紙面に向かって見た左右に照明レンズ 2 5 a と照明レンズ 2 5 b が配設されている。さらに、先端カバー 2 4 の先端面には、図 4 の紙面に向かって、観察レンズ 3 1 a の右側上方に前方送水チャンネルの開口部 2 7、左側上方に送気送水ノズル 6 0、右側下方に観察レンズ 3 1 b 及び左側下方に処置具チャンネルの開口部 2 6 が配設されている。

尚、本実施の形態における先端カバー 2 4 に配設される各観察レンズ 3 1 a , 3 1 b、各開口部 2 6 , 2 7 および送気送水ノズル 6 0 の配置については、詳しく後に説明する。

【 0 0 3 1 】

次に、図 5 から図 1 1 に基づいて、本実施の形態の内視鏡 2 の挿入部 1 1 の先端部分の内部構成について説明する。尚、図 5 は、図 4 の A - A 線に沿って切断した先端部及び湾曲部の断面図、図 6 は図 4 の B - B 線に沿って切断した先端部の断面図、図 7 は送気送水管路の分岐部分を示す断面図、図 8 は図 4 の C - C 線に沿って切断した先端部の部分断面図、図 9 は図 4 の D - D 線に沿って切断した先端部の部分断面図、図 1 0 は図 5 の E - E 線に沿って切断した先端部の断面図、図 1 1 は図 5 の F - F 線に沿って切断した湾曲部の断面図である。

【 0 0 3 2 】

図 5 に示すように、内視鏡 2 の湾曲部 1 6 には、円環状の複数の湾曲駒 7 が回動自在に連設されている。各湾曲駒 7 は、その内周面に溶着などの手段によって固設されている 4 つのワイヤガード 7 a を有している。4 つのワイヤガード 7 a は、挿入軸周りに夫々が略 9 0 ° ずらされた位置において、1 つの湾曲駒 7 の内周面に固定されている（図 1 0 参照

10

20

30

40

50

）。

【 0 0 3 3 】

また、これら複数の湾曲駒 7 には、それらの外周を覆うように細線のワイヤなどを筒状に編み込んだ湾曲ブレード 9 が被せられるとともに、この湾曲ブレード 9 上に水密を保つように外皮 1 0 が被せられることによって、湾曲部 1 6 が形成されている。

【 0 0 3 4 】

この外皮 1 0 は、先端部 1 5、湾曲部 1 6 及び可撓管部 1 7 からなる挿入部 1 1 の全長に渡って一体となるように被覆しており、その先端外周部分が先端部 1 5 において、糸巻き接着部 1 0 a により固着されている。

【 0 0 3 5 】

また、湾曲部 1 6 から基端に向かって延出する湾曲操作手段である 4 本の湾曲操作ワイヤ 8 が挿入部 1 1 内に挿通されている。これら 4 本の湾曲操作ワイヤ 8 は、先端部分が先端部 1 5 内に設けられた固定環 1 8 の 4 つの固定部 1 8 a (図 1 1 参照。尚、図 5 において、1 つのみ図示している) により夫々、挿入軸周りに略 9 0 ° にずらされて保持固定されており、基端側の部分が湾曲駒 7 に設けられた各ワイヤガード 7 a に夫々、挿通されるように設けられている。

【 0 0 3 6 】

尚、湾曲部 1 6 の挿入軸が略直線となっている状態において、先端部 1 5 に設けられる固定環 1 8 の各固定部 1 8 a により保持固定され、各湾曲駒 7 の各ワイヤガード 7 a に挿通される各湾曲操作ワイヤ 8 が略直線となるように、先端部 1 5 及び各湾曲駒 7 が連結されている。

【 0 0 3 7 】

また、これら湾曲操作ワイヤ 8 は、基端部が操作部 1 2 (図 1 参照) 内に設けられ、湾曲操作ノブに連結されている図示しない湾曲操作機構に連結されて交互に牽引又は弛緩されるようになっている。

【 0 0 3 8 】

4 本の湾曲操作ワイヤ 8 が湾曲操作ノブの所定の操作によって夫々、牽引弛緩されることによって、湾曲部 1 6 が 4 方向へ湾曲操作される。これら 4 方向とは、後述するように、各撮像ユニット 3 1 A、3 1 B により撮影されたモニタ 5 に表示される内視鏡画像の上下左右の 4 方向である。

【 0 0 3 9 】

また、前記上下方向に湾曲部 1 6 を操作する第 1 の湾曲操作手段である 2 本の湾曲操作ワイヤ 8 と、前記左右方向に湾曲部 1 6 を操作する第 2 の湾曲操作手段である 2 本の湾曲操作ワイヤ 8 とが夫々対となっている。すなわち、湾曲部 1 6 内の湾曲駒 7 における前記上下方向に対応する方向の 2 つのワイヤガード 7 a に夫々挿通保持される 2 本の湾曲操作ワイヤ 8 が第 1 の湾曲操作手段であり、湾曲部 1 6 内の湾曲駒 7 における前記左右方向に対応する方向の 2 つのワイヤガード 7 a に夫々挿通保持される 2 本の湾曲操作ワイヤ 8 が第 2 の湾曲操作手段である。

【 0 0 4 0 】

先端部 1 5 内には、硬質な金属からなり、複数、本実施の形態においては 7 つの孔部が形成された円柱部材 1 5 a と、この円柱部材 1 5 a の基端側外周部を外嵌する円環状の補強環 1 5 b が配設されている。また、前述の 4 つの固定部 1 8 a を有する固定環 1 8 は、先端部 1 5 の補強環 1 5 b の内周側に挿嵌されている。さらに、補強環 1 5 b は、基端部分が最先端の湾曲駒 7 と連結されている。

【 0 0 4 1 】

先端部 1 5 内の円柱部材 1 5 a に形成された 7 つの孔部のうち、2 つの孔部が処置具チャンネル 1 9 及び前方送水チャンネル 2 0 の先端部分を形成し、残りの 5 つの孔部には、前述の通常光撮像ユニット 3 1 A、蛍光撮像ユニット 3 1 B 及び送気送水ノズル 6 0 と、後述する 2 つの照明レンズユニットが夫々、配置されている。

【 0 0 4 2 】

10

20

30

40

50

処置具チャンネル 19 は、先端部 15 の先端面に設けられた先端カバー 24 において開口している開口部 26 と、先端部 15 の円柱部材 15 a の孔部に挿嵌される略円筒状の管部材 19 a と、先端部分が管部材 19 a の基端部分を覆い、糸巻きにより接続固定されている柔軟なチューブからなる処置具管路 19 b とを有して構成されている。

この処置具管路 19 b は、挿入部 11 内を挿通し、その基端が操作部 12 において、上述したように処置具挿通口（図 1 においては図示していない）において開口している。

【0043】

また、同じく先端カバー 24 に開口部 27 を有する前方送水チャンネル 20 は、先端部 15 の円柱部材 15 a の孔部に挿嵌される略円筒状の管部材 20 a と、管部材 20 a の基端部分を覆い、先端部分が糸巻きにより接続固定されている前方送水管路 20 b とを有して構成されている。

10

この前方送水管路 20 b は、挿入部 11、操作部 12 及びユニバーサルケーブル 13 を通って、コネクタ 14 まで挿通しており、前方送水装置 6 a に接続される。尚、上述したように、前方送水チャンネル 20 である前方送水管路 20 b は、操作部 12 において、前方送水ボタン（不図示）が介装されている。

【0044】

図 6 に示すように、送気送水ノズル 60 は、略 L 字形状に曲げられた管状部材であって、先端側の開口部 60 a が各観察レンズ 31 a、31 b の外表面側に向くように、基端部分が先端部 15 の円柱部材 15 a の孔部に挿嵌されている。

【0045】

20

送気送水ノズル 60 に対応した円柱部材 15 a の孔部の基端側には、管部材 62 の先端部分が挿嵌されており、この管部材 62 の基端部分に送気送水管路 61 が接続されている。尚、管部材 62 と送気送水管路 61 とは、糸巻きにより接続固定されている。

【0046】

この送気送水管路 61 は、図 7 に示すように、その基端部分が分岐管 50 に接続されており、分岐管 50 の分岐端部が送気管路 61 a 及び送水管路 61 b の先端部分に夫々接続されている。これにより、送気送水管路 61 は、送気管路 61 a 及び送水管路 61 b と連通する。尚、各管路 61、61 a、61 b と分岐管 50 とは、糸巻きにより接続固定されており、夫々の接続部分及び分岐管 50 全体の周囲に例えば接着剤などが塗布され、各接続部分が気密（水密）保持されている。

30

【0047】

また、先端部 15 の円柱部材 15 a に形成される 7 つの孔部のうち、2 つには、先端側から照明レンズユニット 23 が夫々挿嵌され、基端部分にライトガイド 21 の先端部分が夫々挿嵌されている。図 8 及び図 9 に示すように、照明レンズユニット 23 は、複数の照明レンズ 25 と、それら照明レンズ 25 を保持する保持枠 23 a とを有して構成されている。尚、本実施の形態での 2 つの照明レンズユニット 23 は、各照明レンズ 25 の最先端となる照明レンズ 25 a、25 b を夫々有している。

【0048】

ライトガイド 21 は、先端部分に円筒部材 21 a が被せられ、複数のファイバ繊維を束ねている外皮 29 により被覆されている。円筒部材 21 a の基端部分は、先端部分が糸巻き固定されているチューブ 28 に接続固定されており、外皮 29 に被覆されたライトガイド 21 がチューブ 28 内に挿通している。

40

【0049】

なお、上述した円柱部材 15 a の前記 7 つの孔部のうち、1 つの孔部は、例えば、ピス、接着剤などの第 1 の観察光学系固定手段によって固定される第 1 の観察光学系である観察レンズ 31 a を含む通常光観察ユニット 31 A が配置される第 1 の観察光学系配置手段を構成し、他の 1 つの孔部は、例えば、ピス、接着剤などの第 2 の観察光学系固定手段によって第 2 の観察光学系である観察レンズ 31 b を含むけい光観察ユニット 31 B が配置される第 2 の観察光学系配置手段を構成し、第 1 及び第 2 の照明光学系である各照明レンズ 25 を夫々備えた 2 つの照明レンズユニットが例えば、ピス、接着剤などの第 1 及び第

50

2の照明光学系固定手段により夫々固定配置される他の2つの孔部は、一方が第1の照明光学配置手段であって、他方が第2の照明光学配置手段を構成している。

【0050】

また、前記7つの孔部のうち、送気送水手段が配置される孔部は、例えば、ビス、接着剤などの第1の送気送水固定手段によって送気ノズル60を固定配置する送気送水配置手段を構成している。さらに、前記7つの孔部のうち、第1の内視鏡管路である処置具チャンネル19が配置される孔部は、第1の内視鏡管路配置手段を構成し、第2の内視鏡管路である前方送水チャンネル20が配置される穴部は第2の内視鏡管路配置手段を構成している。なお、処置具チャンネル19は、例えば、ビス、接着剤などの第1の内視鏡管路固定手段により前記7つの孔部のうちの1つの孔部に固定配置され、前方送水チャンネル20は、例えば、ビス、接着剤などの第2の内視鏡管路固定手段により他の1つの孔部に固定配置される。

10

【0051】

図6に戻って、通常光撮像ユニット31Aは、レンズユニット32と、CCD(Charge Coupled Device)、CMOS(Complementary Metal-Oxide Semiconductor)などの撮像素子33と、回路基板34とを有している。

【0052】

レンズユニット32は、第1～第4レンズ群32A～32Dと、第1～第4レンズ枠32a～32dとを有して構成されている。本実施の形態においては、観察レンズ31aを含む4つの対物レンズからなる第1レンズ群32Aが第1レンズ枠32aに保持されており、1つの対物レンズからなる第2レンズ32Bが第2レンズ枠32bに保持され、2つの対物レンズからなる第3レンズ群32Cが第3レンズ枠32cに保持され、3つの対物レンズからなる第4レンズ群32Dが第4レンズ枠32dに保持されている。

20

【0053】

また、第2レンズ32Bを保持する第2レンズ枠32bは、ズーミングのため撮影光軸方向に対して進退可能な移動枠である。尚、この第2レンズ枠32bは、操作部12に設けられる図示しないズーミング用の操作レバーがユーザにより操作されることにより、通常光撮像ユニット31Aに設けられる図示しない例えばモータ、アクチュエータなどの駆動手段により、撮影光軸方向に対する進退移動が行われる。

30

【0054】

尚、第2レンズ枠32bを撮影光軸方向に対する進退移動を行う駆動手段は、図10に示す、信号線38cにより駆動/停止信号が供給される。この信号線38cは、通常光撮像ユニット31Aから、挿入部11内を通して、操作部12まで挿通している。

【0055】

撮像素子33は、第4レンズ枠32d最基端にある対物レンズの基端側に並設されるカバーレンズ33aが受光面側に設けられ、回路基板34に光学像に対応する電気信号を出力する。この回路基板34は、電気部品及び配線パターンを有し、撮像素子33からの光学像を電氣的な画像信号に光電変換を行い、その画像信号を信号ケーブル38aに出力する。尚、回路基板34は、信号ケーブル38aの複数の信号線が半田付け等の手段によって接続されている。

40

【0056】

カバーレンズ33a、撮像素子33、回路基板34及び信号ケーブル38aの先端部分は、夫々の外周部が一体的に絶縁封止樹脂などにより覆われ、補強用円環部35a及び絶縁チューブ35bにより被覆されている。

【0057】

また、信号ケーブル38aは、通常光撮像ユニット31Aの撮像素子33及び回路基板34にて取得した画像信号を図1に示したコネクタ14のリレー基板42及び信号ケーブル43を介して、プロセッサ4の信号処理回路46に伝送する。

【0058】

50

その一方、蛍光撮像ユニット 3 1 B は、通常光撮像ユニット 3 1 A と同様に、レンズユニット 3 2 と、CCD、CMOS などの撮像素子 3 8 と、回路基板 3 9 とを有している。

【0059】

レンズユニット 3 6 は、第 1 及び第 2 レンズ群 3 6 A、3 6 B と、第 1 及び第 2 レンズ枠 3 2 a、3 2 b とを有して構成されている。本実施の形態においては、観察レンズ 3 1 b を含む 7 つの対物レンズからなる第 1 レンズ群 3 6 A が第 1 レンズ枠 3 6 a に保持されており、第 2 レンズ 3 6 B が第 2 レンズ枠 3 6 b に保持されている。

【0060】

撮像素子 3 8 は、第 2 レンズ枠 3 6 b の最基端にある対物レンズの基端側に並設されるカバーレンズ 4 0 が受光面側に設けられ、回路基板 3 9 に光学像の電気信号を出力する。この回路基板 3 9 は、通常光撮像ユニット 3 1 A の回路基板 3 4 と同様に電気部品及び配線パターンを有し、信号ケーブル 3 8 a の複数の信号線が半田付け等の手段によって接続されており、撮像素子 3 8 からの光学像を電気的な画像信号に光電変換を行い、その画像信号を信号ケーブル 3 8 b に出力する。

【0061】

カバーレンズ 4 0、撮像素子 3 3、回路基板 3 4 及び信号ケーブル 3 8 a の先端部分は、夫々の外周部が一体的に絶縁封止樹脂などにより覆われ、補強用円環部 3 5 a 及び絶縁チューブ 3 5 b により被覆されている。

【0062】

また、信号ケーブル 3 8 b は、蛍光撮像ユニット 3 1 B の撮像素子 3 8 及び回路基板 3 9 にて取得した画像信号を図 1 に示したコネクタ 1 4 のリレー基板 4 2 及び信号ケーブル 4 3 を介して、プロセッサ 4 の信号処理回路 4 6 に伝送する。

【0063】

以上に説明した通常光撮像ユニット 3 1 A 及び蛍光撮像ユニット 3 1 B は、先端部 1 5 の円柱部材 1 5 a に設けられた所定の孔部に夫々挿嵌されて、ねじなどの固定部材と共に接着剤などにより強固に固定されている。

【0064】

また、本実施の形態においては、通常光撮像ユニット 3 1 A が先端に有している観察レンズ 3 1 a は、そのレンズ径（直径）が蛍光撮像ユニット 3 1 B の先端に配置されている観察レンズ 3 1 b のレンズ径よりも大きい径を有している。

【0065】

また、各撮像ユニット 3 1 A、3 1 B は、2 つの撮像素子 3 3、3 8 の夫々の受光面が挿入部 1 1 の挿入軸に対して直交し、2 つの撮像素子 3 3、3 8 の水平転送方向及び垂直転送方向が夫々一致するように先端部 1 5 内での設置方向が決められている。

【0066】

また、各撮像ユニット 3 1 A、3 1 B によって撮影された被写体像がモニタ 5（図 1 参照）に表示されるが、このモニタ 5 の上下方向が各撮像素子 3 3、3 8 の CCD 素子又は CMOS 素子の垂直転送方向と一致し、左右方向が各撮像素子 3 3、3 8 の CCD 素子又は CMOS 素子の水平転送方向に一致している。すなわち、各撮像ユニット 3 1 A、3 1 B により撮影された内視鏡画像の上下左右方向は、モニタ 5 の上下左右方向と一致している。

【0067】

このモニタ 5 に表示される内視鏡画像の上下左右方向に対応するように、挿入部 1 1 の湾曲部 1 6 の上下左右方向が決定される。つまり、湾曲部 1 6 内に挿通する 4 つの湾曲操作ワイヤ 8 が、上述したように、操作部 1 2 に設けられる湾曲操作ノブの所定の操作によって牽引弛緩され、湾曲部 1 6 は、モニタ 5 に表示される画像の上下左右方向に対応する上下左右の 4 方向へ湾曲自在となっている。

すなわち、通常光での観察と蛍光の観察が切替えられても、モニタ 5 に表示される内視鏡画像が常に湾曲部 1 6 の湾曲操作方向の上下左右方向とが等しくなるように、各撮像ユニット 3 1 A、3 1 B は、夫々の撮像素子 3 3、3 8 の水平転送方向及び垂直転送方向が

10

20

30

40

50

夫と一致するように先端部 15 内での設置方向が決められている。

【0068】

これにより、ユーザは、内視鏡画像を通常光での観察画像と蛍光の観察画像に切替えた際のモニタ 5 に表示される内視鏡画像の上下左右方向の違和感を受けることなく湾曲部 16 の上下左右方向の湾曲操作を行える。

【0069】

尚、後述する説明における、第 1 の方向である上下方向は、モニタ 5 に表示される内視鏡画像の上下方向及び湾曲部 16 が湾曲操作される上下方向として説明する。また、通常において、モニタ 5 は、その上下方向が鉛直上下方向と略一致するように、設置されている。更に、上記上下方向に略直交する第 2 の方向である左右方向は、モニタ 5 に表示される内視鏡画像の左右方向及び湾曲部 16 が湾曲操作される左右方向と等しい。

【0070】

ここで、以上に説明した内視鏡システム 1 の作用について説明する。

図 1 に示したように、ユーザは、内視鏡 2 のコネクタ 14 を光源装置 3 に接続し、さらに、このコネクタ 14 にスコープケーブル 44 の一端を接続し、スコープケーブル 44 の他端をプロセッサ 4 に接続する。また送気管路 61a 及び送水管路 61b を送気送水装置 6 に接続する。

そして、ユーザは、光源装置 3 などの電源スイッチを ON にして、それぞれ動作状態に設定する。このとき、プロセッサ 4 と光源装置 3 の制御回路 47, 58 は、制御信号等を送受信できる状態になる。

また、起動状態では、リレー基板 42 は通常光撮像ユニット 31A 側が選択されるように設定されている。また、制御回路 47 は、通常光観察状態に設定する制御動作を行う。つまり、制御回路 47 は、光源装置 3 の制御回路 58 に制御信号を送り、通常光観察のための照明光の供給状態に設定する。

【0071】

さらに、この制御回路 47 は、ドライブ回路 45a を駆動させるように制御すると共に、信号処理回路 46 の動作状態を通常光観察モードに設定する。

ユーザは、内視鏡 2 の挿入部 11 を体腔内に挿入し、診断対象の患部等を観察できるように設定する。

光源装置 3 は、上述のように通常光観察のための照明光の供給状態となる。この状態では、回転フィルタ 53 は、RGB フィルタが照明光路中に配置された状態でモータ 55 により回転駆動される。そして、ライトガイド 21 には RGB の照明光が面順次で供給される。これに同期して、ドライブ回路 45a は、ドライブ信号を出力し、照明レンズ 25a、25b を経て患者の体腔内の患部等を照明する。

【0072】

照明された患部等の被写体は、通常光撮像ユニット 31A のレンズユニット 32 を通って、撮像素子 33 の受光面に結像され、光電変換される。そして、この撮像素子 33 は、ドライブ信号の印加により、光電変換した信号を出力する。この信号は、信号ケーブル 38a 及びリレー基板 42 により選択されている共通の信号ケーブル 43 を介して信号処理回路 46 に入力される。

この信号処理回路 46 内に入力された信号は、内部で A/D 変換がされた後、R, G, B 用メモリに一時格納される。

その後、R, G, B 用メモリに格納された信号は、同時に読み出されて同時化された R, G, B 信号となり、さらに D/A 変換されてアナログの R, G, B 信号となり、モニタ 5 においてカラー表示される。

【0073】

そして、ユーザは、患部を通常光観察の他に、蛍光観察によって、より詳しく調べたいと望む場合には、制御スイッチ 48a を ON する。すると、制御回路 47 をこの切換指示信号を受けて、リレー基板 42 の切り換え制御を行うと共に、制御回路 58 を介して光源装置 3 を蛍光観察のための励起光の供給状態に設定する。

また、制御回路 4 7 は、ドライブ回路 4 5 b を動作状態に制御すると共に、信号処理回路 4 6 を蛍光観察の処理モードに設定する。

この場合には、光源装置 3 内の制御回路 5 8 は、ギヤ付きモータ 5 7 により、モータ 5 5 と共に、回転フィルタ 5 3 を照明光路と直交する方向に移動し、照明光路中に励起光フィルタが配置されるようにする。

この状態では、ランプ 5 1 からの光は、励起光フィルタにより例えば 4 0 0 ~ 4 5 0 nm 付近の波長帯域の光が透過してライトガイド 2 1 に供給されるようになる。そして、この励起光は照明レンズ 2 5 a、2 5 b を経て体腔内の患部等に照射される。

【 0 0 7 4 】

励起光が照射された患部等は、癌組織であるとその励起光を吸収して、正常な組織の場合よりも強い蛍光を発するようになる。その蛍光を発する部位の光は、蛍光撮像ユニット 3 1 B のレンズユニット 3 6 を通って、撮像素子 3 8 の受光面に結像され、光電変換される。

そして、この撮像素子 3 8 は、ドライブ回路 4 5 b からのドライブ信号の印加により、光電変換した信号を出力する。この場合、撮像素子 3 8 の内部で信号増幅されて撮像素子 3 8 から出力される。この信号は、信号ケーブル 3 8 b 及びリレー基板 4 2 により選択されている共通の信号ケーブル 4 3 を経て信号処理回路 4 6 に入力される。

この信号処理回路 4 6 内に入力された信号は、内部で A / D 変換された後、R , G , B 用メモリに、例えば同時に格納される。

【 0 0 7 5 】

その後、R , G , B 用メモリに格納された信号は、同時に読み出されて同時化された R , G , B 信号となり、さらに D / A 変換されてアナログの R , G , B 信号となり、モニタ 5 にモノクロで表示されるようになる。

なお、信号処理回路 4 6 内に入力された信号のレベルを複数の閾値と比較し、その比較結果に応じて、割り当ての色を変えることにより、擬似カラー化して表示してもよい。

このように本実施の形態によれば、通常光観察ができると共に、蛍光観察もできるので、通常光観察のみの内視鏡に比べて、より診断し易い内視鏡を実現できる。また、本実施例によれば、それぞれ各撮像ユニット 3 1 A , 3 1 B を設けているので、良好な通常光観察画像と蛍光観察画像が得られる。

【 0 0 7 6 】

具体的には、特に蛍光撮像を行う場合には、通常観察の場合に比べて微弱な光を撮像する必要になり、その S / N が高いものが望まれ、通常の撮像素子を兼用したのでは、S / N が低い画像となり易いが、本実施の形態では、通常光撮像に適した通常観察用の撮像素子 3 3 に対して、蛍光に対する感度の高い撮像素子 3 8 を採用しているので、S / N の良い蛍光画像を得ることができる。

また、切換用のリレー基板 4 2 を設けて、2 つの撮像ユニット 3 1 A、3 1 B における一方の撮像ユニットのみがプロセッサ 4 と接続される構成とすることにより、常時 2 つの各撮像ユニット 3 1 A、3 1 B を駆動及び信号処理しなければならない場合に比較してコンパクトな構成の内視鏡システム 1 を形成できる。

また、本実施例によれば、1 つの送気送水ノズル 6 0 により、両方の観察レンズ 3 1 a , 3 1 b の外表面に気液を吹き付けて清浄な状態に設定して、良好な観察視野を確保できるようにしているので、挿入部 1 1 を細径化でき、挿入の際に患者に与える苦痛を軽減できると共に、挿入可能となる適用範囲を拡大できる。

【 0 0 7 7 】

また、本実施の形態の内視鏡 2 は、通常光観察用の撮像ユニットのみを備えた既存の内視鏡と同様の外観構造にしてあり、スコープケーブル 4 4 を介して通常光観察用の撮像ユニットのみを備えた既存の内視鏡に対する駆動及び信号処理を行う図示しないプロセッサに接続することにより、既存の内視鏡と同様に通常光観察用の内視鏡としても使用することもできる。つまり、内視鏡 2 は、通常光観察用の撮像ユニットのみを備えた既存の内視鏡と同様の互換性を保って、既存のプロセッサに接続して使用することもできる。

10

20

30

40

50

【 0 0 7 8 】

ここで、本実施の形態の内視鏡 2 は、以下に説明する構造により種々の特徴（効果）を有する。

【 0 0 7 9 】

先ず、図 1 2 を参照して、先端カバー 2 4 に配設される送気送水ノズル 6 0 及び各観察レンズ 3 1 a , 3 1 b の配置について詳しく説明する。

図 1 2 は、先端カバーの先端面を示す正面図である。尚、以下の説明において、先端カバー 2 4 の中心を O_0 とし、通常光撮像ユニット 3 1 A の観察レンズ 3 1 a の中心を O_1 及び蛍光撮像ユニット 3 1 B の観察レンズ 3 1 b の中心を O_2 とする。また、後述する 2 つの照明レンズ 2 5 a , 2 5 b の中心を夫々、 O_3 , O_4 とし、処置具チャンネル 1 9 の開口部 2 6 の中心を O_5 とし、前方送水チャンネル 2 0 の開口部 2 7 の中心を O_6 とする。さらに、先端カバー 2 4 の先端面の中心 O_0 を通り、湾曲部 1 6 の湾曲上下方向の線を垂直線 X とし、湾曲左右方向の線を水平線 Y とする。尚、以下の説明において、本実施の形態での垂直線 X は、鉛直線と等しい線としている。

【 0 0 8 0 】

前述したように、送気送水ノズル 6 0 は、その噴出口 6 0 a が観察レンズ 3 1 a に向かって臨むように、図 1 2 の紙面に向かって見た先端カバー 2 4 の先端面の左側上方に配設されている。尚、送気送水ノズル 6 0 は、その噴出口 6 0 a が観察レンズ 3 1 a 側を臨むように、図 1 2 の紙面に向かって見た先端カバー 2 4 の先端面の右側上方に配設されていてもよい。このとき、送気送水ノズル 6 0 及び各観察レンズ 3 1 a , 3 1 b は、先端カバー 2 4 の先端面において、略直線上に並ぶように配置される。

【 0 0 8 1 】

本実施の形態では、送気送水ノズル 6 0 の噴出口 6 0 a から噴出される蒸留水又は空気など気液が図中の矢印線 A R 方向に噴出するように、送気送水ノズル 6 0 が先端カバー 2 4 の先端面に配設される。この送気送水ノズル 6 0 は、噴出口 6 0 a から蒸留水又は空気など気液を拡散するように気液噴出範囲 A 内に噴出する。尚、矢印線 A R は、噴出口 6 0 a を有する送気送水ノズル 6 0 の先端面に対して、略直交する方向であって、噴出口 6 0 a の孔面中央を通る線である。

【 0 0 8 2 】

上述した、矢印線 A R の線上に観察レンズ 3 1 a の中心 O_1 を通る観察光軸と交差するように、送気送水ノズル 6 0 の軸周りの設置方向、すなわち、噴出口 6 0 a が臨む方向が決められている。換言すると、蒸留水又は空気など気液の噴出方向である矢印線 A R が垂直線 X に対して第 1 の角度となる所定の角度 θ_1 を有するように、送気送水ノズル 6 0 の噴出口 6 0 a が臨む方向が決められている。

【 0 0 8 3 】

その一方で、蛍光撮像ユニット 3 1 B の観察レンズ 3 1 b は、その外表面が先端カバー 2 4 を先端から見たときに、少なくとも矢印線 A R と交わる部分を有するように、図 1 0 の紙面に向かった先端カバー 2 4 の先端面の右側下方に配設される。また、観察レンズ 3 1 b は、その中心 O_2 が矢印線 A R の線分よりも下方側に位置するように先端カバー 2 4 の先端面に配設されている。

【 0 0 8 4 】

以上、説明したように、送気送水ノズル 6 0 及び 2 つの観察レンズ 3 1 a , 3 1 b は、先端カバー 2 4 の先端面において、略直線上に並設されている。

詳述すると、通常光撮像ユニット 3 1 A の観察レンズ 3 1 a の中心 O_1 と蛍光撮像ユニット 3 1 B の観察レンズ 3 1 b の中心 O_2 を結んだ線 a は、矢印線 A R に対して所定の角度 θ_2 を有して若干に先端カバー 2 4 を先端面側から見たときに下方側にずれている。換言すると、送気送水ノズル 6 0 の噴出口 6 0 a の孔面中心と観察レンズ 3 1 b の中心 O_2 を結んだ線 b は、矢印線 A R に対して所定の角度 θ_3 を有して若干に先端カバー 2 4 を先端面側から見たときに下方側へずれている。

【 0 0 8 5 】

これにより、各観察レンズ31a, 31bは、先端カバー24に配設される各位置が決められ、それに合わせて、送気送水ノズル60の噴出口60aの方向(矢印線AR方向)が決められている。さらに、前記角度2, 3は、送気送水ノズル60からの気液噴出範囲Aの範囲内に観察レンズ31bの外表面が全て含まれるような範囲に設定されている。

尚、送気送水ノズル60の気液噴出範囲Aは、先端カバー24の先端側から見たときに、通常光撮像ユニット31Aの観察レンズ31aの外表面を全て含むように設定されている。

また、観察レンズ31bの外径よりも大きなレンズ径(直径)を有する観察レンズ31aは、送気送水ノズル60に近接するように先端カバー24の先端面に配設されている。

10

【0086】

つまり、先端カバー24は、先端面側から見た方向に対して、湾曲部16の湾曲上下方向、すなわち、各撮像ユニット31A, 31Bが有している夫々の撮像素子33, 38が処理する垂直転送方向の上下方向を略2等分する水平線Yよりも上方側の位置に送気送水ノズル60を有している。換言すると、送気送水ノズル60は、前記水平線Yから前記噴出方向(矢印線AR方向)とは逆方向に離れて、先端カバー24に配設されている。

【0087】

さらに、先端カバー24は、先端面側から見た方向に対する左右方向(湾曲部16の湾曲左右方向とは逆方向となる)、すなわち、各撮像ユニット31A, 31Bが有している夫々の撮像素子33, 38が処理する垂直転送方向の左右方向を2等分する垂直線X上には、送気送水ノズル60の長手方向の軸(挿入方向と平行な軸)に直交する方向の断面が存在しないように送気送水ノズル60が配設されている。

20

【0088】

尚、本実施の形態において、送気送水ノズル60は、先端カバー24の先端面側から見たときに、垂直線Xから左方向に所定の距離だけ離間した先端カバー24の先端面の位置に配設されている。つまり、送気送水ノズル60は、先端カバー24の先端面側から見たときに、その長手方向の軸が先端カバー24を上下に2等分する水平線Yよりも上方側、且つ、先端カバー24を左右に2等分する垂直線Xから左方側にずらされた位置に存在するように配置される。

【0089】

30

以上の結果、本実施の形態の内視鏡2は、先端カバー24の先端面に設けられる送気送水ノズル60、通常光撮像ユニット31Aの観察レンズ31a及び蛍光撮像ユニット31Bの観察レンズ31bを略直線上に配置すると、1つの送気送水ノズル60により、各観察レンズ31a, 31bの外表面に気液を吹き付けて清浄な状態に設定して、良好な観察視野を確保できるようにしている。

【0090】

また、送気送水ノズル60の長手方向の軸が先端カバー24を上下に2等分する水平線Yよりも上方側、且つ、先端カバー24を左右に2等分する垂直線Xから所定の距離だけずれているため、送気送水ノズル60と連通する送気送水管路61は、挿入部11が略直線状態の際、先端部15内に配設される固定環18の4つの固定部18a及び湾曲部16内に配設される各湾曲駒7に夫々設けられる4つのワイヤガード7aと当接することなく略真っ直ぐに先端部15内及び湾曲部16内に挿通される。

40

【0091】

さらに、上述する送気送水ノズル60の配置により、送気送水管路61は、湾曲部16内において、各湾曲駒7の4つのワイヤガード7aに夫々挿通保持される4本の湾曲操作ワイヤ8との接触が防止されるため、湾曲操作ワイヤ8の牽引弛緩による移動を阻害しないと共に、湾曲操作ワイヤ8の擦過による劣化を防止することができる。

【0092】

以上の結果、本実施の内視鏡2は、挿入部11、特に、先端部15及び湾曲部16の細径化でき、挿入の際に患者に与える苦痛を軽減できると共に、挿入可能となる体腔の適用

50

範囲を拡大することができる。

【0093】

また、一般に内視鏡2は、ユーザにより湾曲部16の湾曲上下方向を鉛直方向の上下に合わせて使用される。そのため、送気送水ノズル60の噴出口60aから噴出される蒸留水などの液体は、重力の影響により、噴出口60aより遠方側が下方側へ流れ落ちる。

【0094】

さらに、送気送水ノズル60の噴出口60aから蒸留水又は空気など気液を噴出すると共に、処置具チャンネル19により吸引が行われた場合、先端カバー24の下方側に設けられる処置具チャンネル19の開口部26からの吸引力により、前記液体又は前記気体は、開口部26方向へ引き寄せられる力を受け、湾曲下方側に流れが変化する。

10

【0095】

このような事情により、本実施の内視鏡2は、先端カバー24の先端面において、蛍光撮像ユニット31Bの観察レンズ31bが、その中心 O_2 と通常光撮像ユニット31Aの観察レンズ31aの中心 O_1 を結んだ線aが送気送水ノズル60の噴出口60aから噴出される蒸留水などの液体の噴出方向である矢印線ARに対して湾曲部16の湾曲下方側に所定の角度 θ だけずらされている。

【0096】

そのため、先端カバー24の先端面において、送気送水ノズル60から観察レンズ31aよりも遠方に位置する観察レンズ31bは、重力の影響により、噴出方向よりも湾曲下方側へ流れ落ちた蒸留水などの液体が効率良く吹き付けられ、清浄な状態に洗浄され、良好な観察視野が確保される。さらに、観察レンズ31bは、吸引が行われることによって、湾曲下方側へ流れが変化する蒸留水又は空気など気液においても、同様に効率良く吹き付けられ、清浄な状態に洗浄され、良好な観察視野が確保される。

20

【0097】

また、患者の体腔内に挿入された内視鏡2は、挿入部11に汚物などが付着される。とくに、先端カバー24の先端面が挿入方向に対して略垂直な面となっており、汚物などが付着し易い。特に、通常光撮像ユニット31Aの観察レンズ31a及び蛍光撮像ユニット31Bの観察レンズ31bは、夫々の観察視野を確保するため付着した汚物などを確実に洗浄する必要がある。

【0098】

特に、内視鏡2は、通常光による患者の体腔内を観察する頻度が蛍光観察に比して高く、蛍光観察による組織の色素の濃淡による観察に比して、通常光観察に対して良好な観察視野を確保する必要がある。

30

【0099】

また、送気送水ノズル60の噴出口60aから噴出される蒸留水又は空気など気液は、噴出口60aに近い側の噴出力が大きく、噴出方向の遠方側になるにつれて、噴出力が低下すると共に、拡散による密度が低下する。

【0100】

このような事情により、本実施の形態の内視鏡2は、図11に示すように、蛍光撮像ユニット31Bの観察レンズ31bのレンズ径(直径)よりもレンズ径(直径)の大きい通常光撮像ユニット31Aの観察レンズ31aが送気送水ノズル60に近接する先端カバー24の先端面の位置に配設されている。尚、上述したように、観察レンズ31aは、その外表面全体が送気送水ノズル60の噴出口60aから噴出される蒸留水又は空気など気液の噴出範囲A内に含まれている。

40

【0101】

これにより、内視鏡2は、体液、汚物などが付着し易いレンズ径(直径)の大きい観察レンズ31aが送気送水ノズル60に近接しているため、噴出口60aから噴出される蒸留水又は空気など気液の噴出力及び密度の低下による影響を受けることなく、洗浄性が向上される。

【0102】

50

尚、本実施の形態の内視鏡 2 は、上述したように、送気送水ノズル 60、通常光撮像ユニット 31A の観察レンズ 31a 及び蛍光撮像ユニット 31B の観察レンズ 31b が図 12 に示す先端カバー 24 の先端面に略直線上に並設されている。また、送気送水ノズル 60 の噴出口 60a から噴出される蒸留水又は空気など気液の噴出方向である矢印線 AR 上には、先端カバー 24 の先端面に他の構成要素が配設されていない。

すなわち、矢印線 AR 上において、蛍光撮像ユニット 31B の観察レンズ 31b から先端カバー 24 の外周側の先端面には、他の構成要素が配設されていない。

【0103】

このような構成により、各観察レンズ 31a, 31b に付着した汚物などを洗浄した気液は、他の構成要素に流れることなく、噴出方向である矢印線 AR 方向に向かった先端カバー 24 の外縁部に流れる。その結果、内視鏡 2 の先端カバー 24 の先端面は、送気送水ノズル 60 からの蒸留水又は空気など気液の噴出が行われると、確実に洗浄される。

【0104】

次に、図 12 及び図 13 を参照して、先端カバー 24 に配設される 2 つの照明レンズ 25a, 25b、処置具チャンネル 19 の開口部 26 及び前方送水チャンネル 20 の開口部 27 の配置について詳しく説明する。

上述したように、先端カバー 24 の先端面には、2 つの照明レンズ 25a, 25b が略中央に配設される通常光撮像ユニット 31A の観察レンズ 31a を挟むように、湾曲左右方向の位置に、処置具チャンネル 19 の開口部 26 が観察レンズ 31a の左側下方の位置に、前方送水チャンネル 20 の開口部 27 が観察レンズ 31a の右側上方の位置に夫々配設されている。

【0105】

また、図 12 に示すように、処置具チャンネル 19 の開口部 26 及び前方送水チャンネル 20 の開口部 27 は、夫々の孔面全体が送気送水ノズル 60 の噴出口 60a から蒸留水又は空気など気液を拡散するように噴出する範囲となる気液噴出範囲 A の領域外となる先端カバー 24 の先端面に配設されている。

【0106】

詳述すると、処置具チャンネル 19 の開口部 26 は、図 13 に示すように、送気送水ノズル 60 の噴出口 60a から蒸留水又は空気など気液の噴出方向を示した矢印線 AR に沿って 2 分する先端カバー 24 の先端面下方側の領域であって、気液の噴出範囲 A を含まない先端カバー 24 の先端面における領域 B 内に配設されている。

【0107】

また、前方送水チャンネル 20 の開口部 27 は、矢印線 AR に沿って 2 分する先端カバー 24 の先端面上方側の領域であって、気液の噴出範囲 A を含まない先端カバー 24 の先端面における領域 C 内に配設されている。

【0108】

換言すると、各開口部 26, 27 は、先端カバー 24 の先端面において、蒸留水又は空気など気液の噴出方向を示した矢印線 AR の略対称となる位置に夫々配設されている。すなわち、開口部 26 の中心 O_5 と開口部 27 の中心 O_6 とが所定の距離に離間する位置に、各開口部 26, 27 は、先端カバー 24 の先端面に配設される。

【0109】

以上説明したように、本実施の形態の内視鏡 2 は、処置具チャンネル 19 の開口部 26 及び前方送水チャンネル 20 の開口部 27 が先端カバー 24 の先端面において、送気送水ノズル 60 による気液噴出範囲 A の領域外に配設されているため、送気送水ノズル 60 から噴出される蒸留水又は空気など気液が各開口部 26, 27 に流れ込むことが防止できる。

【0110】

これにより、送気送水ノズル 60 から噴出される蒸留水又は空気など気液は、確実に遠方側の蛍光撮像ユニット 31B の観察レンズ 31b に吹き付けられる。その結果、蛍光撮像ユニット 31B の観察レンズ 31b は、確実に、且つ、効率良く気液が吹き付けられ、清

10

20

30

40

50

浄な状態に洗浄され、良好な観察視野が確保される。

【0111】

また、各開口部26, 27は、夫々の中心O5, O6が所定の距離をもって離間するように、先端カバー24の先端面に配設されている。これにより、内視鏡2は、開口部26から処置具チャンネル19により吸引動作を行いながら、前方送水チャンネル20の開口部27から蒸留水などの液体を噴出する際、開口部26への吸引力の影響を受けることなく、体腔内の患部に向けて液体を噴出することができる。つまり、本実施の形態の内視鏡2は、開口部27から噴出される液体の噴出方向が開口部26からの吸引により乱れが生じないような構成になっている。

【0112】

ところで、本実施の形態の内視鏡2は、先端カバー24が先端部15に設けられている。この先端カバー24について、さらに詳しく、図2～図4、図14及び図15を参照して以下にその特徴を説明する。尚、図14は、図4のB-B線に沿って切断した先端カバーが設けられた先端部の先端部分の断面図、図15は図4のA-A線に沿って切断した先端カバーが設けられた先端部の先端部分の断面図である。

【0113】

図2～図4に示すように、先端カバー24は、その先端面に2つの観察レンズ31a, 31b及び各照明レンズ25a, 25bの周囲が先端面の先端側に向かって凸形成された3つの段部24a～24cが形成されている。

【0114】

2つの観察レンズ31a, 31bの周囲に形成された観察レンズ側段部（以下単に段部という）24aは、図4に示すように、観察レンズ31aの周囲から送気送水ノズル60の気液噴出方向に向かって観察レンズ31bの周囲を含むように、先端カバー24の外縁部まで形成されている。すなわち、先端部15の先端面は、段部24aによって、送気送水ノズル60の気液噴出方向に対して、各観察レンズ31aの外表面間を平坦な面となっている。

【0115】

また、各照明レンズ25a, 25bの周囲に形成された夫々の照明レンズ側段部（以下、単に段部という）24b, 24cは、各照明レンズ25a, 25bの周囲から先端カバー24の外縁部まで形成されている。

【0116】

すなわち、先端カバー24は、2つの観察レンズ31a, 31bの周囲及び2つの照明レンズ25a, 25bの夫々の周囲に独立した面を有する段部24a～24cが形成されている。

【0117】

図14に示すように、各観察レンズ31a, 31bは、それらの外表面が先端カバー24の段部24aの外表面と略同じ面内にある、すなわち、先端カバー24の先端面において同じ高さとなっている。換言すると、送気送水ノズル60の気液噴出方向に向かった各観察レンズ31a, 31b及び段部24aは、先端カバー24の先端面において、夫々の外表面が略同じ高さとなっている。

【0118】

これにより、送気送水ノズル60の噴出口60aからの蒸留水又は空気などの気液は、観察レンズ31aの外表面上を通過して、各観察レンズ31a, 31b間の段部24aの外表面から効率良く観察レンズ31bの外表面へ流れる。

【0119】

その結果、本実施の形態の内視鏡2は、各観察レンズ31a, 31b間に段差がない為、送気送水ノズル60から噴出される気液の流れがスムーズとなり、効率良く確実に気液が観察レンズ31bの外表面を通過して、先端カバー24の外縁部へ流れる構成となっている。

【0120】

従って、内視鏡 2 は、送気送水ノズル 60 の噴出口 60a からの気液を吹き付けることによって、送気送水ノズル 60 よりも遠方側にある観察レンズ 31b の外表面を清浄な状態にすることができる。

【0121】

また、図 14 に示すように、内視鏡 2 は、先端カバー 24 の先端面において、各観察レンズ 31a, 31b の周囲に形成された先端カバー 24 の段部 24a の外表面に対して、送気送水ノズル 60 が設けられている先端カバー 24 の外表面が所定の長さ（高さ）L1 だけ低くなるような段差を有している。

【0122】

これにより、各観察レンズ 31a, 31b に吹き付ける送気送水ノズル 60 の噴出口 60a からの蒸留水などの液体が各観察レンズ 31a, 31b の外表面上に停滞し難い、すなわち、いわゆる、水捌けが良くなるという効果を得られる。

【0123】

さらに、図 15 に示すように、内視鏡 2 は、先端カバー 24 の先端面において、各観察レンズ 31a, 31b 及び段部 24a（図 15 においては、観察レンズ 31a のみ図示されている。）の夫々の外表面に対して、構成要素である処置具チャンネル 19 の開口部 26 及び前方送水チャンネル 20 の開口部 27 の夫々の孔面（各開口部 26, 27 が設けられている先端カバー 24 の外表面）が所定の長さ（高さ）L2（長さ L2 は、上記 L1 と同じ長さでもよい）だけ低くなっている面に有している。換言すると、開口部 26 及び開口部 27 の各孔面は、各観察レンズ 31a, 31b 及び段部 24a の夫々の外表面よりも基端側に所定の長さ L2 だけずれた先端部 15 の先端面に配設されている。

【0124】

以上、説明したように、先端カバー 24 は、各観察レンズ 31a, 31b の外表面と同じ高さとなる外表面を有する段部 24a が独立して、外表面の高さ方向に突出する凸形状となっている。尚、本実施の形態において、先端カバー 24 の先端面において、各観察レンズ 31a, 31b の周囲に形成された段部 24a と、各照明レンズ 25a, 25b の周囲に形成された段部 24b, 24c の各外表面は、夫々独立して、同じ高さの面内に形成されている。

【0125】

内視鏡 2 は、以上に説明した構成にすることにより、各観察レンズ 31a, 31b に付着した汚物などを洗浄した気液が処置具チャンネル 19 の開口部 26 及び前方送水チャンネル 20 の開口部 27 に流れ込むことが防止され、噴出方向である矢印線 AR 方向に向かった先端カバー 24 の外縁部に流れる。その結果、内視鏡 2 の先端カバー 24 の先端面は、送気送水ノズル 60 からの蒸留水又は空気など気液の噴出が行われると、確実に洗浄される。

【0126】

以上の種々の特徴（効果）を有する本実施の形態の内視鏡 2 は、先端カバー 24 の先端面に設けられる送気送水ノズル 60、通常光撮像ユニット 31A の観察レンズ 31a 及び蛍光撮像ユニット 31B の観察レンズ 31b を略直線上に配置され、各観察レンズ 31a, 31b の夫々の外表面と略同じ面内に外表面を有する段部 24a を先端カバー 24 に設けたことにより、1つの送気送水ノズル 60 により、各観察レンズ 31a, 31b の外表面に気液を吹き付けて清浄な状態に設定して、良好な観察視野を確保できるようにしている。

【0127】

尚、特殊光観察は、蛍光観察だけでなく、細胞や腺構造をはじめとする組織学的観察レベルの拡大倍率（望ましくは、100倍レベル以上の拡大率）を有する拡大光学系でもよい。

また、本発明は、以上述べた実施形態のみに限定されるものではなく、発明の要旨を逸脱しない範囲で種々変更可能である。

【図面の簡単な説明】

【 0 1 2 8 】

【図 1】内視鏡システムを概略的に示した説明図である。

【図 2】内視鏡の先端カバーを示す斜視図である。

【図 3】内視鏡の先端カバーを示す斜視図である。

【図 4】先端カバーを正面から見た平面図である。

【図 5】図 4 の A - A 線に沿って切断した先端部及び湾曲部の断面図である。

【図 6】図 4 の B - B 線に沿って切断した先端部の断面図である。

【図 7】送気送水管路の分岐部分を示す断面図である。

【図 8】図 4 の C - C 線に沿って切断した先端部の断面図である。

【図 9】図 4 の D - D 線に沿って切断した先端部の断面図である。

10

【図 10】図 5 の E - E 線に沿って切断した先端部の断面図である。

【図 11】図 5 の F - F 線に沿って切断した湾曲部の断面図である。

【図 12】先端カバーを正面から見た平面図である。

【図 13】先端カバーを正面から見た平面図である。

【図 14】図 4 の B - B 線に沿って切断した先端カバーが設けられた先端部の先端部分の断面図である。

【図 15】図 4 の A - A 線に沿って切断した先端カバーが設けられた先端部の先端部分の断面図である。

【符号の説明】

【 0 1 2 9 】

20

1・・・内視鏡システム、2・・・内視鏡、3・・・光源装置、4・・・プロセッサ、5・・・モニタ、6・・・送気送水装置、7a・・・ワイヤガード、7・・・湾曲駒、8・・・湾曲操作ワイヤ、9・・・湾曲ブレード、10・・・外皮、10a・・・接着部、11・・・挿入部、12・・・操作部、13・・・ユニバーサルケーブル、14・・・コネクタ、15・・・先端部、15a・・・円柱部材、15b・・・補強環、16・・・湾曲部、17・・・可撓管部、18a・・・固定部、18・・・固定環、19・・・処置具チャンネル、19b・・・処置具管路、19a・・・管部材、20・・・前方送水チャンネル、20b・・・前方送水管路、20a・・・管部材、21・・・ライトガイド、21a・・・円筒部材、22・・・基端部、23a・・・保持枠、23・・・照明レンズユニット、24・・・先端カバー、24・・・先端カバー、25, 25a, 25b・・・照明レンズ、26, 27・・・開口部、28・・・チューブ、29・・・外皮、30・・・湾曲ブレード、31a, 31b・・・観察レンズ、31A・・・通常光観察用撮像ユニット、31B・・・蛍光観察用撮像ユニット、32B・・・対物レンズ、32・・・レンズユニット、32a~32d・・・レンズ枠、32A~32D・・・レンズ群、33a・・・カバーレンズ、33, 38・・・撮像素子、34・・・回路基板、35b・・・絶縁チューブ、35a・・・補強用円環部、40・・・カバーレンズ、36・・・レンズユニット、36a, 36b・・・レンズ枠、36A, 36B・・・レンズ群、36・・・レンズユニット、38a, 38b・・・信号ケーブル、38c・・・信号線、38・・・撮像素子、39・・・回路基板、42・・・リレー基板、43・・・信号ケーブル、44・・・スコープケーブル、45a, 45b・・・ドライブ回路、46・・・信号処理回路、47, 58・・・制御回路、48a, 48b・・・制御スイッチ、49a・・・信号線、49c・・・切換信号線、49d・・・制御信号線、50・・・分岐管、51・・・ランプ、52・・・コリメータレンズ、53・・・回転フィルタ、54・・・集光レンズ、55, 57・・・モータ、56・・・ラック、58・・・制御回路、60a・・・噴出口、60・・・送気送水ノズル、60a・・・開口部、61a・・・送気管路、61・・・送気送水管路、61b・・・送水管路、62・・・管部材、63・・・送気送水ボタン、A・・・噴出範囲、AR・・・矢印線、24a・・・観察レンズ側段部、24b, 24c・・・照明レンズ側段部

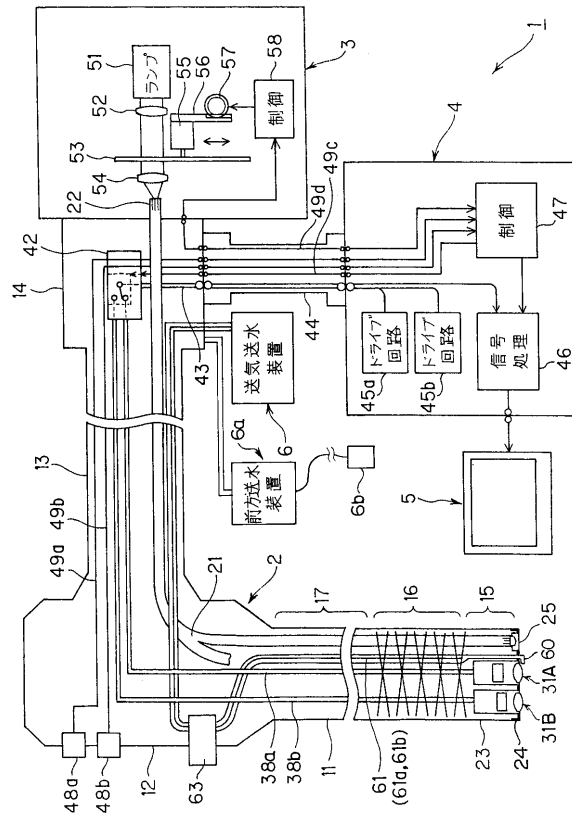
30

40

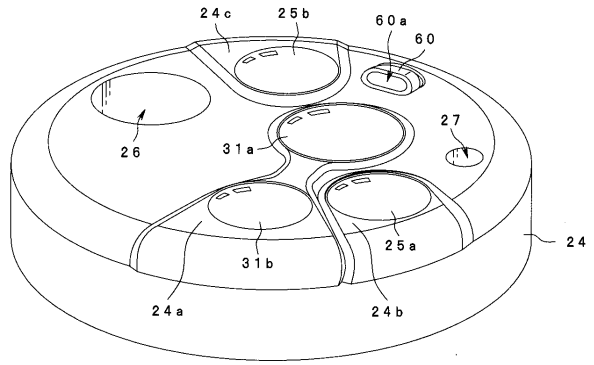
代理人 弁理士 伊 藤 進

50

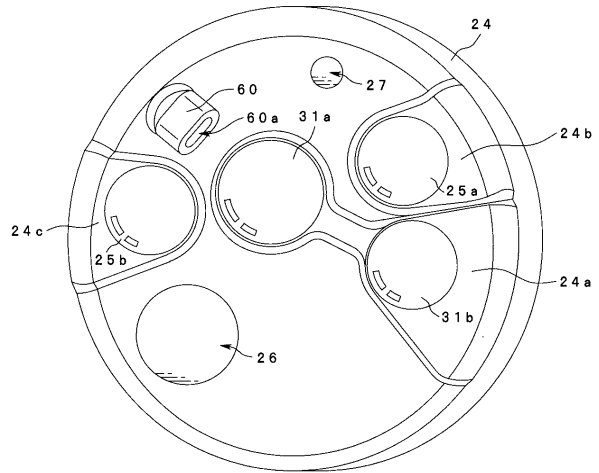
【図 1】



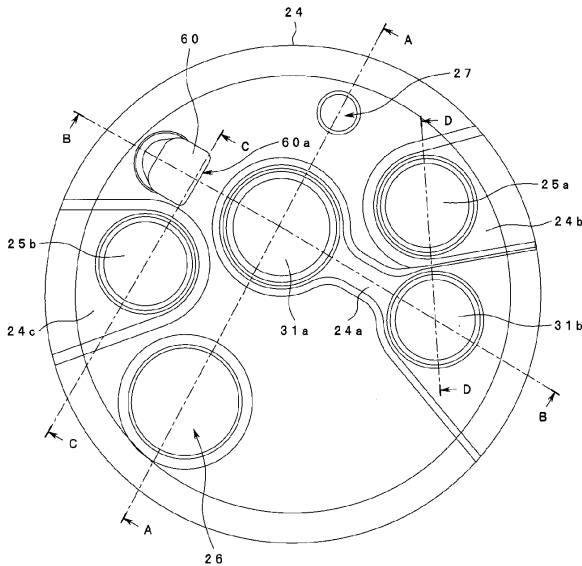
【図 2】



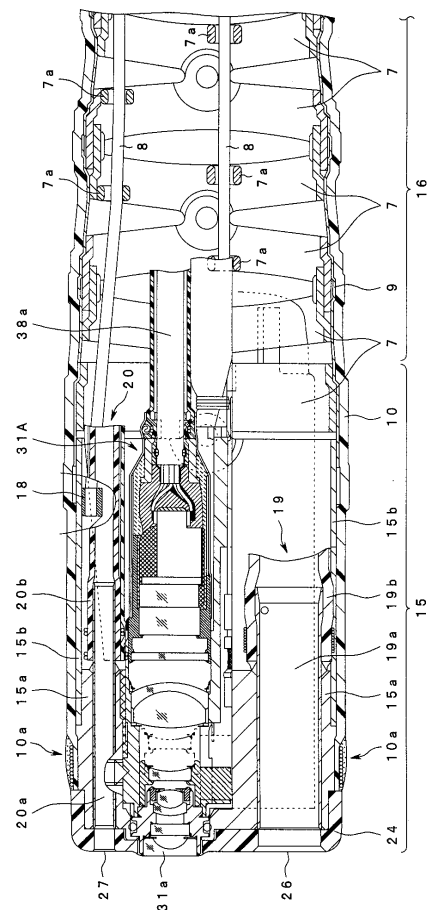
【図 3】



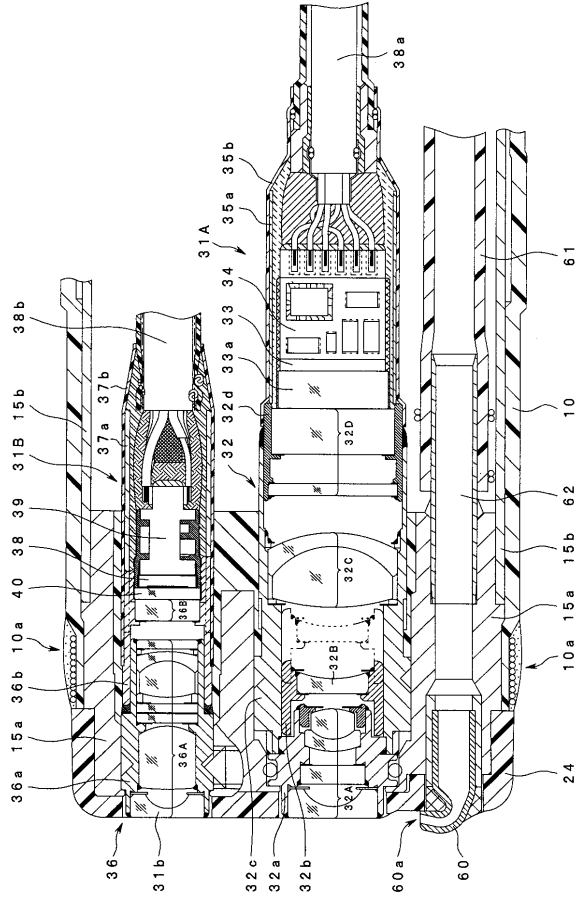
【図 4】



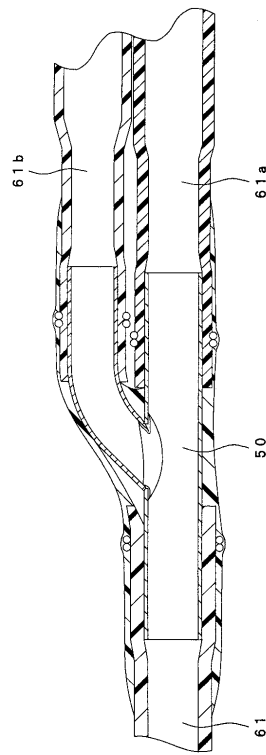
【図 5】



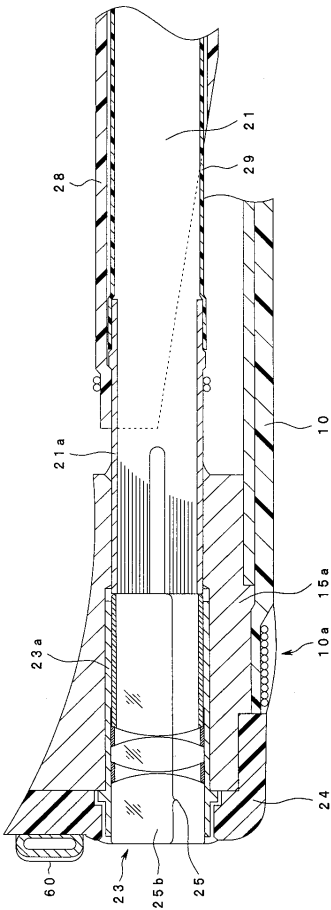
【図 6】



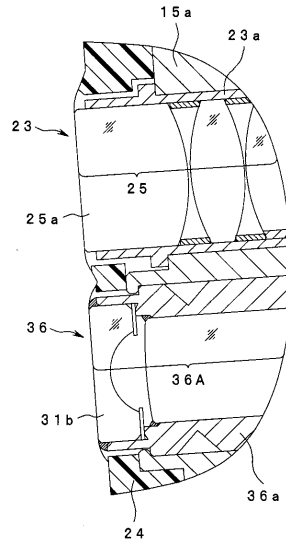
【図 7】



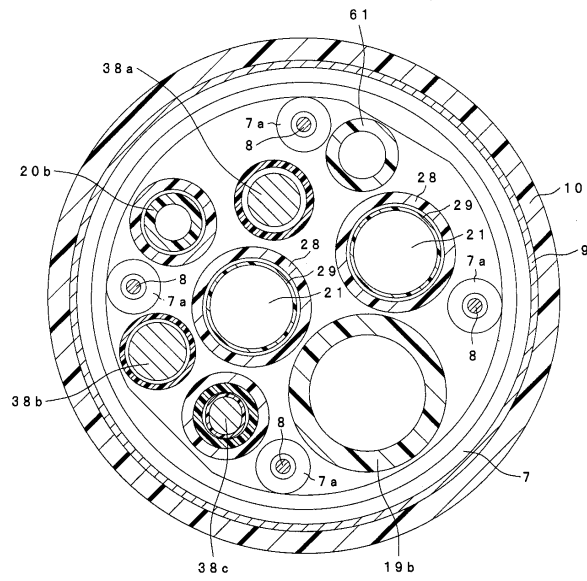
【図 8】



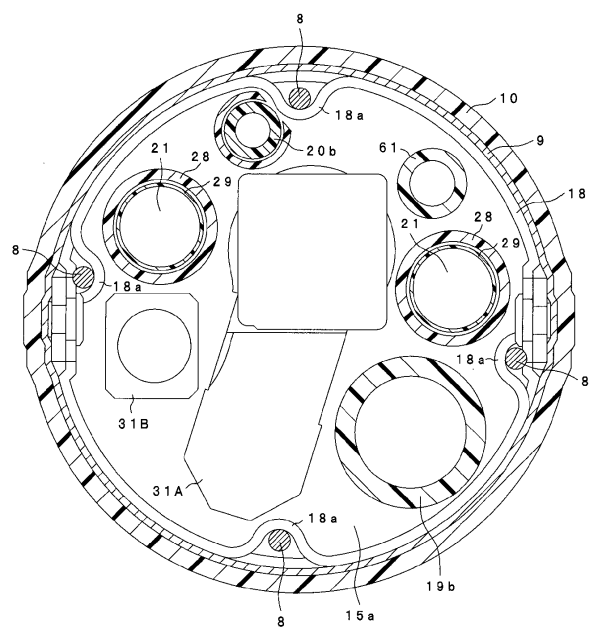
【図 9】



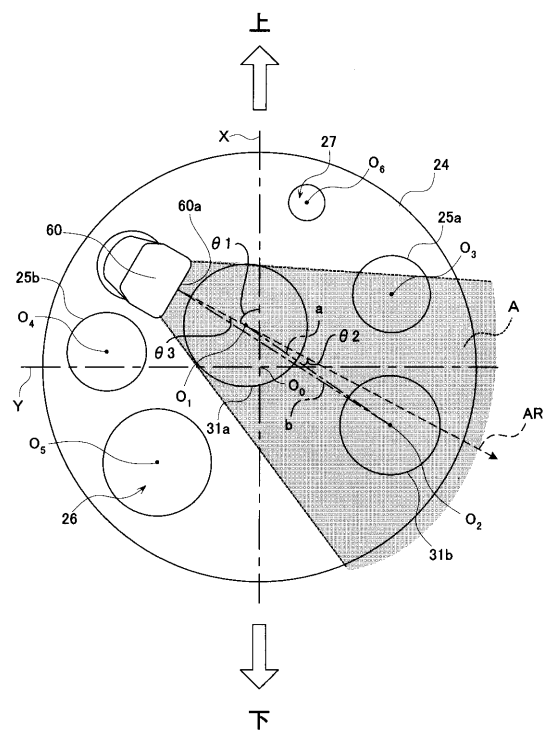
【図 10】



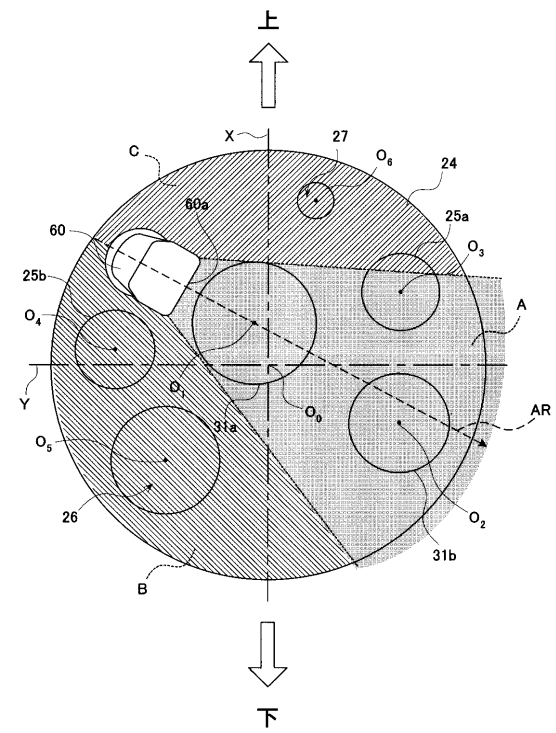
【図 11】



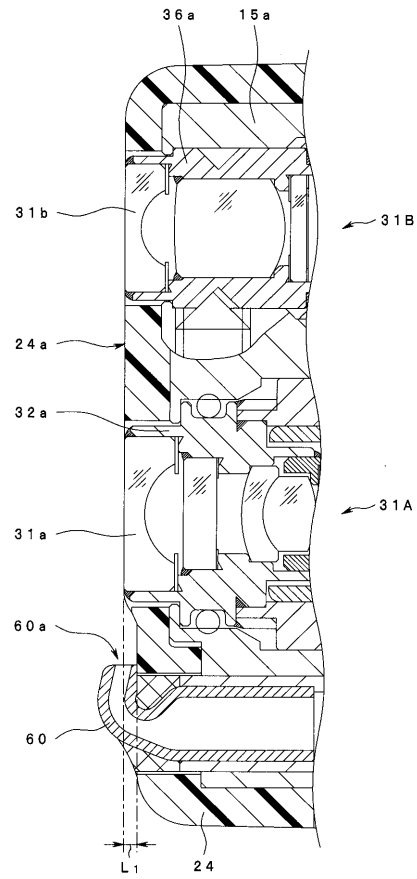
【図 12】



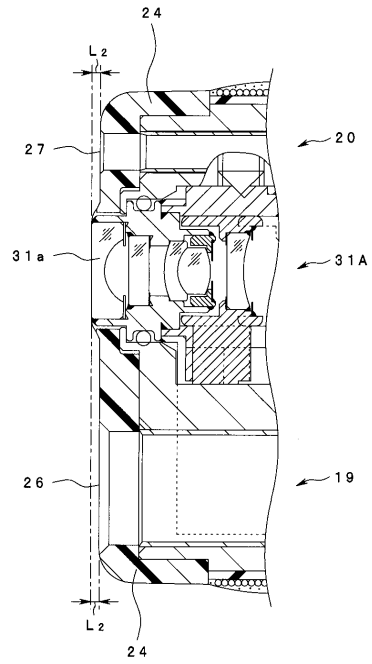
【図 13】



【図 14】



【図 15】



フロントページの続き

(51)Int.Cl. F I
G 0 2 B 23/26 C

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

专利名称(译)	内窥镜和内窥镜的插入部件		
公开(公告)号	JP4451316B2	公开(公告)日	2010-04-14
申请号	JP2005003195	申请日	2005-01-07
[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	大田原 崇		
发明人	大田原 崇		
IPC分类号	A61B1/00 G02B23/24 G02B23/26		
CPC分类号	A61B1/12 A61B1/0008 A61B1/00091 A61B1/00096 A61B5/0059 G01N21/6456		
FI分类号	A61B1/00.300.P A61B1/00.300.Q A61B1/00.300.Y A61B1/00.300.D G02B23/24.A G02B23/26.C A61B1/00.511 A61B1/00.550 A61B1/00.715 A61B1/00.731 A61B1/05 A61B1/12.530 G01N21/64.Z		
F-TERM分类号	2G043/AA03 2G043/EA01 2G043/EA14 2G043/FA01 2G043/HA01 2G043/HA05 2G043/JA02 2G043/KA02 2G043/LA03 2G043/MA06 2H040/BA14 2H040/CA04 2H040/CA10 2H040/CA11 2H040/CA23 2H040/DA12 2H040/DA14 2H040/DA15 2H040/DA19 2H040/DA21 2H040/DA57 2H040/GA02 2H040/GA11 4C061/CC06 4C061/FF35 4C061/HH51 4C061/JJ11 4C061/LL02 4C061/QQ02 4C061/QQ04 4C061/RR04 4C061/RR14 4C061/RR18 4C161/CC06 4C161/FF35 4C161/HH51 4C161/JJ11 4C161/LL02 4C161/QQ02 4C161/QQ04 4C161/RR04 4C161/RR14 4C161/RR18		
代理人(译)	伊藤 进		
审查员(译)	永井伸一		
其他公开文献	JP2006187546A		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

要解决的问题：通过有效地去除附着在设置在远端的端面上的观察光学系统的外表面上的污物等，提供能够确保观察每个观察光学系统的视野的内窥镜。ŽSOLUTION：用于内窥镜和内窥镜的插入管具有在远端部分处的远端以插入体腔中。用于内窥镜的插入管具有多个设置在远端的观察窗，用于将入射光引导到多个成像装置，以及用于朝向观察窗喷射气体或液体的气体/水供给装置。在远端面中，观察窗的外表面和观察窗之间的远端的外表面在气体/水供给装置的喷射方向上形成在同一平面上。Ž

【 図 4 】

