

(12) 发明专利

(10) 授权公告号 CN 101355910 B

(45) 授权公告日 2011.02.16

(21) 申请号 200680050413.4

A61H 1/00(2006.01)

(22) 申请日 2006.12.29

(56) 对比文件

(30) 优先权数据

11/326,256 2006.01.05 US

US 6887252 B1, 2005.05.03, 第1栏第32-36行, 说明书第8栏第5-18行, 第29-39行, 第19栏第42行-第20栏第40行, 附图1-3, 28, 29.

(85) PCT申请进入国家阶段日

2008.07.04

US 5289436 A, 1994.02.22, 说明书第5栏第45行-第7栏第30行, 附图8, 9.

(86) PCT申请的申请数据

PCT/US2006/049641 2006.12.29

CN 2280497 Y, 1998.05.06, 全文.

(87) PCT申请的公布数据

W02007/081585 EN 2007.07.19

审查员 杨德智

(73) 专利权人 伊西康内外科公司

地址 美国俄亥俄州

(72) 发明人 K·L·豪泽

(74) 专利代理机构 北京市金杜律师事务所

11256

代理人 苏娟

(51) Int. Cl.

A61B 17/32(2006.01)

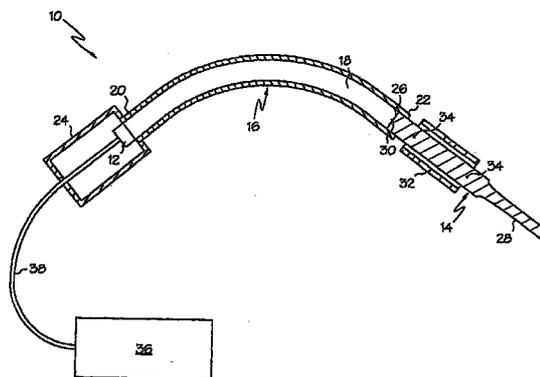
权利要求书 2 页 说明书 4 页 附图 5 页

(54) 发明名称

医疗超声器械

(57) 摘要

一种医疗超声器械,其包括超声换能器、医疗超声刀和用于容纳液体的管。管第一端适于在管中容纳有液体时使邻近管第一端的液体被超声振动以产生超声振动能量波。当管中容纳有液体时,超声刀通过声学方式连接于邻近管第二端的液体。另一种医疗超声器械,其包括热脉冲发生器、医疗超声刀和用于容纳液体的管。热脉冲发生器用于输出具有超声脉冲频率的热脉冲。管第一端适于接收热脉冲发生器输出的热脉冲,其中当管中容纳有液体时,热脉冲的能量足以在该液体中产生超声振动能量波。



1. 一种医疗超声器械,包括:

a) 超声换能器;

b) 医疗超声刀;以及

c) 能够容纳液体的管,所述管具有管第一端和管第二端,其中所述管第一端能够在所述管中容纳有液体时使邻近所述管第一端的液体被超声振动,以便产生超声振动能量波,并且当所述管中容纳有液体时,所述超声刀通过声学方式连接到邻近所述管第二端的液体,

其中,所述管在所述管第一端和所述管第二端之间具有肩部,所述管在所述管第一端和所述肩部之间具有第一内径,所述管在所述肩部和所述管第二端之间具有第二内径,并且所述第一内径与所述第二内径不同。

2. 根据权利要求 1 所述的医疗超声器械,其中所述管是柔性管并且充有所述液体。

3. 根据权利要求 2 所述的医疗超声器械,其中所述液体是至少部分脱气的液体。

4. 根据权利要求 2 所述的医疗超声器械,其中所述液体是加压液体。

5. 根据权利要求 2 所述的医疗超声器械,其中所述液体主要包括水或者矿物油。

6. 根据权利要求 2 所述的医疗超声器械,其中所述超声刀包括刀近端和刀远侧部分,并且所述刀远侧部分能够接触和医治患者组织。

7. 根据权利要求 6 所述的医疗超声器械,其中所述超声振动能量波具有振动波腹,并且所述刀近端邻近所述振动波腹设置。

8. 根据权利要求 7 所述的医疗超声器械,还包括容纳所述超声换能器的壳体,其中所述管连接到所述壳体。

9. 根据权利要求 8 所述的医疗超声器械,其中所述壳体和所述管在所述刀远侧部分接触和医治患者组织时能够由使用者把持。

10. 根据权利要求 9 所述的医疗超声器械,还包括超声发生器,其设置于所述壳体的外面并能够操作地连接到所述超声换能器上。

11. 根据权利要求 8 所述的医疗超声器械,其中在所述刀远侧部分接触和医治患者组织时使用者把持所述管而不是所述壳体。

12. 根据权利要求 11 所述的医疗超声器械,还包括超声发生器,其设置于所述壳体的内部并能够操作地连接到所述超声换能器上。

13. 根据权利要求 2 所述的医疗超声器械,还包括围绕并连接于所述超声刀上的护套。

14. 根据权利要求 2 所述的医疗超声器械,还包括围绕并连接于所述管上的护套。

15. 一种医疗超声器械,包括:

a) 热脉冲激发器,用于输出具有超声脉冲频率的热脉冲;

b) 医疗超声刀;以及

c) 能够容纳液体的管,所述管具有管第一端和管第二端,其中所述管第一端能够接收由所述热脉冲激发器输出的所述热脉冲,并且其中在所述管中容纳有液体时,所述超声刀通过声学方式连接到邻近所述管第二端的液体,

其中,所述管在所述管第一端和所述管第二端之间具有肩部,所述管在所述管第一端和所述肩部之间具有第一内径,所述管在所述肩部和所述管第二端之间具有第二内径,并且所述第一内径与所述第二内径不同。

16. 根据权利要求 15 所述的医疗超声器械,其中所述管充有所述液体。
17. 根据权利要求 16 所述的医疗超声器械,其中所述管是刚性管。
18. 根据权利要求 16 所述的医疗超声器械,其中所述热脉冲激发器由电源驱动,并且所述热脉冲激发器包括能够操作地连接到所述电源上的电阻性或者射频柔性电线的一端。
19. 根据权利要求 16 所述的医疗超声器械,其中所述热脉冲激发器由激光源驱动,并且所述热脉冲激发器包括能够操作地连接到所述激光源上的柔性激光纤维的一端。

医疗超声器械

技术领域

[0001] 本发明总体上涉及医疗器械,更具体而言涉及具有医疗超声刀的一种医疗超声器械。

背景技术

[0002] 已知的医疗超声器械包括那些具有钛棒形式的超声手术刀的医疗超声器械。所述超声手术刀用于切割患者的组织和闭合血管以防止出血。该超声手术刀连接到手持件上,并以声学方式连接到容纳在该手持件中的超声换能器。该超声换能器通过电缆可操作地连接于超声发生器。还已知的是可进行关节运动的医用导管,例如,内窥镜管。

[0003] 尽管如此,科学家和工程师仍在继续寻求具有医疗超声刀的改进的医疗超声器械。

发明内容

[0004] 本发明的第一实施方式的第一种表现形式是一种医疗超声器械,该医疗超声器械包括超声换能器、医疗超声刀和管。该管用于容纳液体,并具有管第一端和管第二端。管第一端适于在管中容纳有液体时使邻近管第一端的液体被超声振动以便产生超声振动能量波。当管中容纳有液体时,超声刀通过声学方式连接到邻近管第二端的液体。

[0005] 本发明的第二实施方式的第一种表现形式是一种医疗超声器械,该医疗超声器械包括热脉冲激发器、医疗超声刀和管。该热脉冲激发器适于输出具有超声脉冲频率的热脉冲。该管适于容纳液体,并具有管第一端和管第二端。管第一端适于接收热脉冲激发器输出的热脉冲。当管中容纳有液体时,超声刀通过声学方式连接到邻近管第二端的液体。

[0006] 从本发明的一种或者多种实施方式可以得到数种益处和优点。在第一和/或第二实施方式的一种实施例中,所述管是柔性管,并且可以在医疗操作过程中由使用者控制地弯曲,以允许医疗超声刀更容易接近患者身上的目标位置。

[0007] 本发明可应用于、但不限于带有或不带有夹钳臂的直线型或者弧型超声手术刀,以及手动器械和机器人辅助器械。

附图说明

[0008] 图1是本发明的医疗超声器械的第一实施方式的部分以剖面示出的示意图,其中发生器位于容纳超声换能器的壳体的外面,并且护套是短护套;

[0009] 图2是类似于图1的图1中器械的替换实施方式的视图,其中发生器位于容纳超声换能器的壳体的内部,并且护套是长护套;

[0010] 图3是类似于图1的图1中器械的替换实施方式的视图,其中管具有肩部,并且没有护套;

[0011] 图4是本发明的医疗超声器械的第二实施方式的部分以剖面示出的示意图,所述医疗超声器械包括热脉冲激发器,该热脉冲激发器是电阻性或者射频柔性电线的一端的形

式;以及

[0012] 图 5 是图 4 中热脉冲激发器及相关组件的替换实施方式的示意图,其中该热脉冲激发器是柔性激光纤维的一端的形式。

具体实施方式

[0013] 在详细说明本发明之前,应该注意到,本发明的应用或者使用不限于附图和说明书所示部件的结构和布置的细节。本发明的示例性实施方式可以其他实施方式、改变和变型来实施,或者结合到其他实施方式、改变和变型中,并且可以各种方式实践或者实现。此外,除非另外指出,这里采用的术语和措辞是用于说明本发明的示例性实施方式以便读者理解,而不是为了限制本发明。

[0014] 应该理解,任意一种或者多种下述实施方式、实施例等可以与任意一种或者多种其他下述实施方式、实施例等结合。

[0015] 现在参考附图,其中相同的附图标记表示相同的元件,图 1 示出了本发明的第一实施方式。图 1 中实施方式的第一种表现形式是一种医疗超声器械 10,其包括超声换能器 12、医疗超声刀 14(例如但不限于钛超声刀)和管 16。管 16 适于容纳液体 18,并且具有管第一端 20 和管第二端 22。管第一端 20 适于在管 16 中容纳有液体 18 时使邻近管第一端 20 的液体 18 被超声振动,以产生超声振动能量波。当管 16 中容纳有液体 18 时,超声刀 14 通过声学方式连接于邻近管第二端 22 的液体 18。注意,术语“邻近”包括但不限于术语“在...处”。在一种未示出的实施例中,所述管是刚性管。

[0016] 在图 1 中实施方式的第一种表现形式的一种实施例中,管 16 是柔性管,并且充有液体 18。在同样的或者另外的实施方式中,液体 18 是一种至少部分脱气的液体或者基本上脱气的液体。在一种实施例中,超声振动时脱气液体比不脱气液体更不易于形成空穴。在同样的或者另外的实施例中,液体 18 是加压液体。在一种实施例中,超声振动时加压液体比不加压液体更不易于形成空穴。在同样的或者另外的实施例中,液体 18 主要包括水或者矿物油。

[0017] 在图 1 中实施方式的第一种表现形式的一种结构中,超声刀 14 具有刀近端 26 和刀远侧部分 28,并且刀远侧部分 28 适于接触和医治患者组织。在一种变型例中,该超声振动能量波具有振动波腹 30,并且刀近端 26 靠近振动波腹 30 设置。在一种示意例中,该超声振动能量波作为压力脉冲传输通过液体 18,并且超声刀 14 以一种在该压力脉冲传输时允许刀近端 26 运动和将能量回归到运动的方式被保持在管 16 上。

[0018] 在一种变型例中,医疗超声器械 10 包括容纳超声换能器 12 的壳体 24,其中管 16 连接到壳体 24 上。在一种实现方式中,壳体 24 和管 16 基本上不振动。在一种实施例中,壳体 24 和管 16 适于在刀远侧部分 28 接触和医治患者组织时由使用者把持。在一种实施方式中,医疗超声器械 10 包括超声发生器 36,该超声发生器 36 设置于壳体 24 的外部并(例如通过长的电缆 38)可操作地连接于超声换能器 12。

[0019] 在一种不同的实施例中,如图 2 中替换实施方式所示,其中护套 132 被略去,管 116 而不是壳体 124 适于在刀远侧部分 128 接触和医治患者组织时由使用者把持。在一种不同的实施方式中,如图 2 中替换实施方式所示,医疗超声器械 110 还包括超声发生器 136,该超声发生器 136 设置于壳体 124 的内部并(例如通过短的电缆 138)可操作地连接于超声换

能器 112。

[0020] 如图 3 中替换实施方式所示的一种结构中,管 216 在管第一端 220 和管第二端 222 之间具有肩部 217。在该结构中,管 216 在管第一端 220 和肩部 217 之间具有第一内径,并且在肩部 217 和管第二端 222 之间具有第二内径,其中该第一内径与第二内径不同。这将为压力脉冲提供增益步长。如图 3 所示,当第一内径大于第二内径时,增益步长大于一。当第一内径小于第二内径时(未示出),增益步长小于一。图 3 中的实施方式还示出了医疗超声器械 210 的超声换能器 212、超声刀 214、壳体 224、超声发生器 236 和电缆 238。应当注意的是,在图 3 的实施方式中没有护套。

[0021] 在图 1 中实施方式的第一种表现形式的第一种应用中,医疗超声器械 10 包括围绕并连接到超声刀 14 上的护套 32。在一种实施例中,所连接的超声刀 14 具有至少一个振动节点 34,并且护套 32 邻近所连接的超声刀 14 的所述至少一个振动节点 34 而连接到超声刀 14。在一种变型例中,护套 32 是柔性的,并且不延伸至壳体 24。在一种变型例中,护套 32 和壳体 24 适于在刀远侧部分 28 接触和医治患者组织时由使用者把持。在一种方式中,管 16 为相对短的管,并且使用者相对于手持式壳体 24 操纵手持式护套 32,以便在医疗操作过程中弯曲管 16,从而允许超声刀 14 更容易接近患者身上的目标位置。

[0022] 在第二种应用中,如图 2 中替换实施方式所示,医疗超声器械 110 的护套 132 围绕并连接到管 116 上。在一种变型例中,护套 132 至少从刀近端 126 延伸至壳体 124。在一种修改例中,护套 132 具有柔性部分 140(其可在护套的整个长度上延伸),并且当刀远侧部分 128 接触和医治患者组织时,是护套 132 而不是壳体 124 适于由使用者把持。在一种方式中,管 116 为相对长的管,壳体 124 设置于地板(或者其他合适的位置)上,并且使用者相对于非手持式壳体 124 操作手持式护套 132,以便在医疗操作过程中弯曲管 116,从而允许超声刀 114 更容易接近患者身上的目标位置。

[0023] 在未示出的第三种应用中,其中所述管是柔性管,护套围绕该管并至少从刀近端延伸至壳体,该护套是连接于该管的遥控的可进行关节运动的护套(类似于柔性内窥镜的插入管)。

[0024] 再次参考附图,图 4 示出了本发明的第二种实施方式。图 4 中实施方式的第一种表现形式是一种医疗超声器械 42,该医疗超声器械 42 包括热脉冲激发器 44、医疗超声刀 46 和管 48。热脉冲激发器 44 适于输出具有超声脉冲频率的热脉冲。管 48 适于容纳液体 50,并且具有管第一端 52 和管第二端 54。管第一端 52 适于接收热脉冲激发器 44 输出的热脉冲。当管 48 中容纳有液体 50 时,超声刀 46 通过声学方式连接到邻近管第二端 54 的液体 50。应当注意的是,该热脉冲的能量足以使液体 50 到达临界温度,这又导致液体 50 膨胀并形成压力波,该压力波在液体 50 中产生超声振动能量波,这些是本领域的技术人员可以理解的。在一种实施例中,管 48 充满液体 18。在一种未示出的实施例中,所述管是柔性管。

[0025] 图 4 中实施方式的第一种表现形式的一种实现方式中,管 48 是刚性管。在图 4 中实施方式的第一种表现形式的应用中,热脉冲激发器 44 由电源 56 驱动,并且热脉冲激发器 44 包括可操作地连接至电源 56 上的电阻性或者(双极)射频柔性电线 60 的端部 58。在一种未示出的方式中,热脉冲激发器包括多个电阻性或者射频柔性电线的端部。在一种不同的应用中,如图 5 中替换实施方式所示,热脉冲激发器 144 由激光源 156 驱动,并且热脉冲激发器 144 包括可操作地连接至激光源 156 的柔性激光纤维 160 的端部 158。在一种未

示出的方式中,热脉冲激发器包括多个柔性激光纤维的端部。也可采用本领域的技术人员所知的其他热脉冲激发器。

[0026] 应当注意的是,图 1 中第一实施方式以及图 2 和图 3 中替换实施方式的变型、构建、应用(包括护套)等同样可应用于将“超声换能器”替换为“热脉冲激发器”的图 4 中第二实施方式和图 5 中替换实施方式的第一种表现形式。

[0027] 从本发明的一种或者多种实施方式可以得到几方面好处和优点。在第一和/或第二实施方式的一种实施例中,所述管是柔性管,并在医疗操作过程中由使用者可操作地弯曲以便允许该医疗超声刀更容易接近患者身上的目标位置。

[0028] 虽然通过几种实施方式的描述对本发明做出了说明,但并不是用于约束或者限制所附权利要求的精神和范围。本领域的技术人员在不背离本发明的范围的条件下可做出许多其他变更、改变和替换。例如,该医疗超声器械应用在机器人辅助手术中,其中考虑了针对这种系统、组件、与这种机器人系统兼容的方法的各种修改。应该理解,前述说明是通过实施例进行的,并且本领域技术人员在不背离所附权利要求的范围和精神的条件下可做出其他修改。

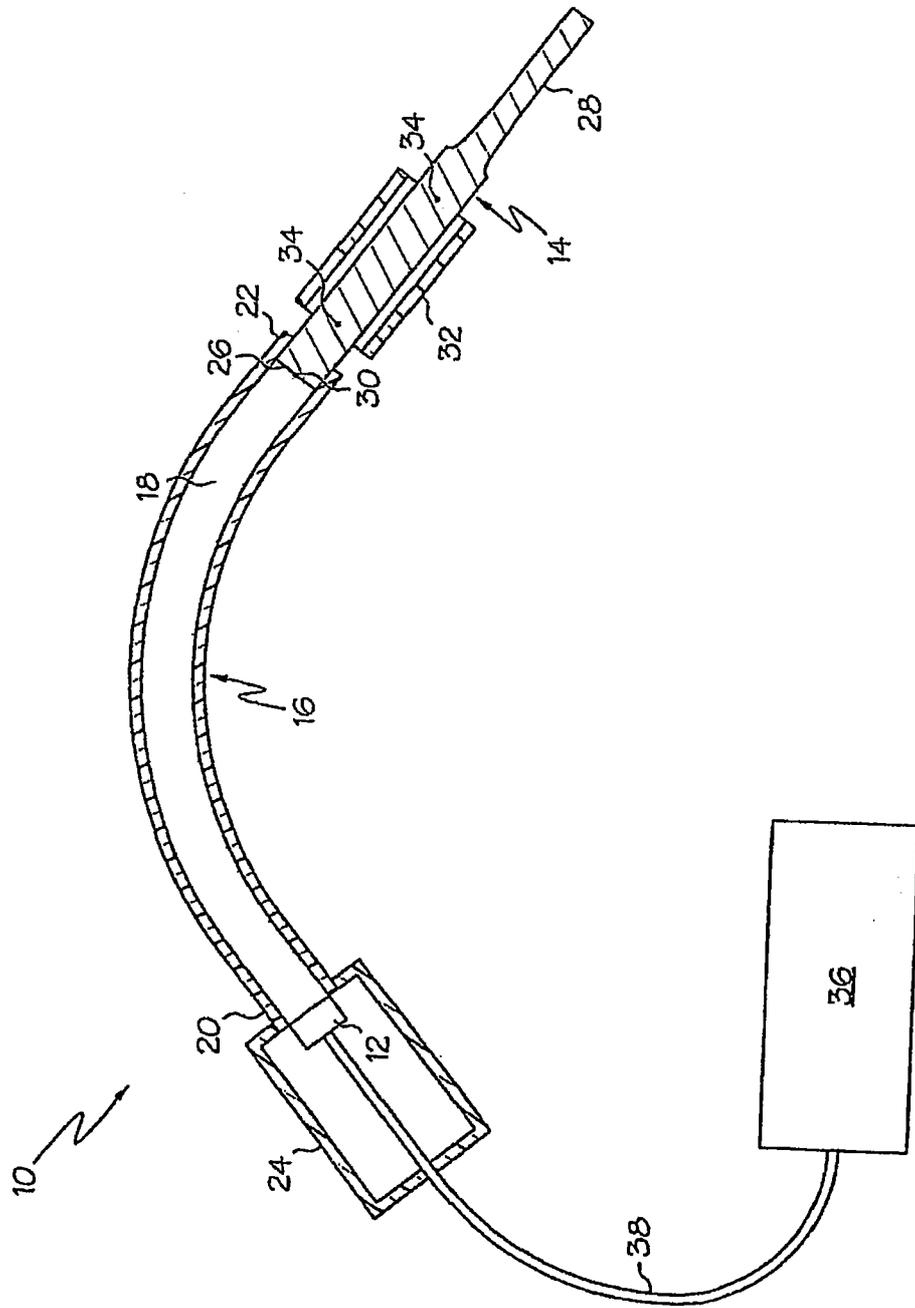


图 1

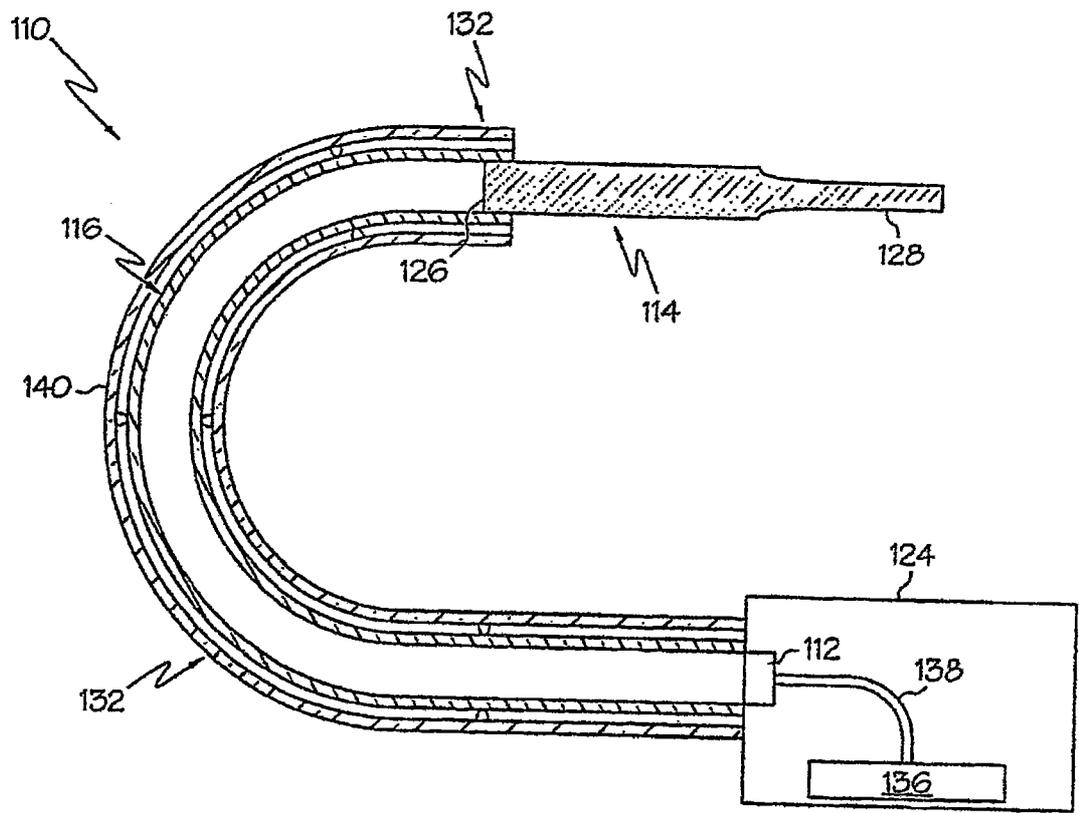


图 2

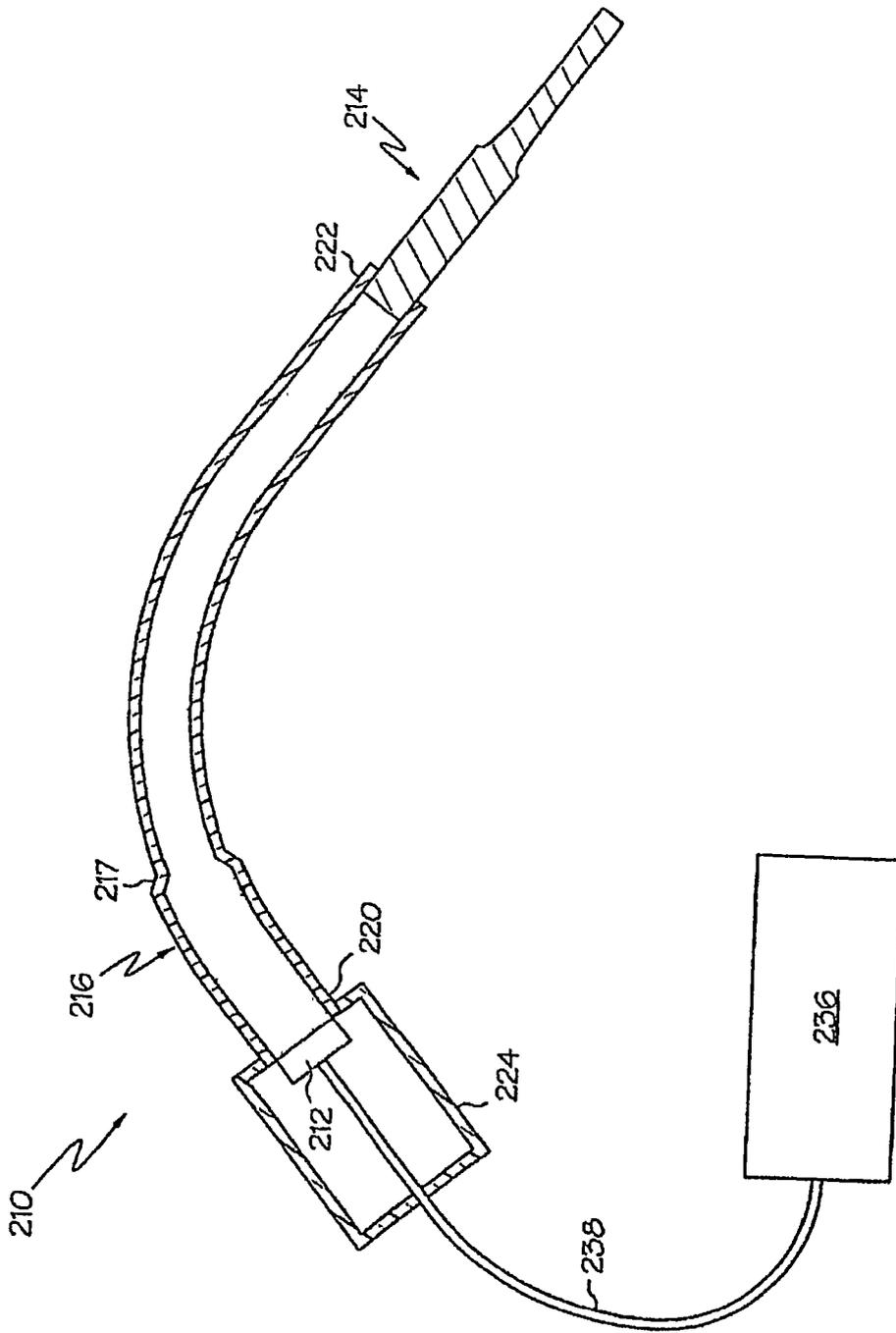


图 3

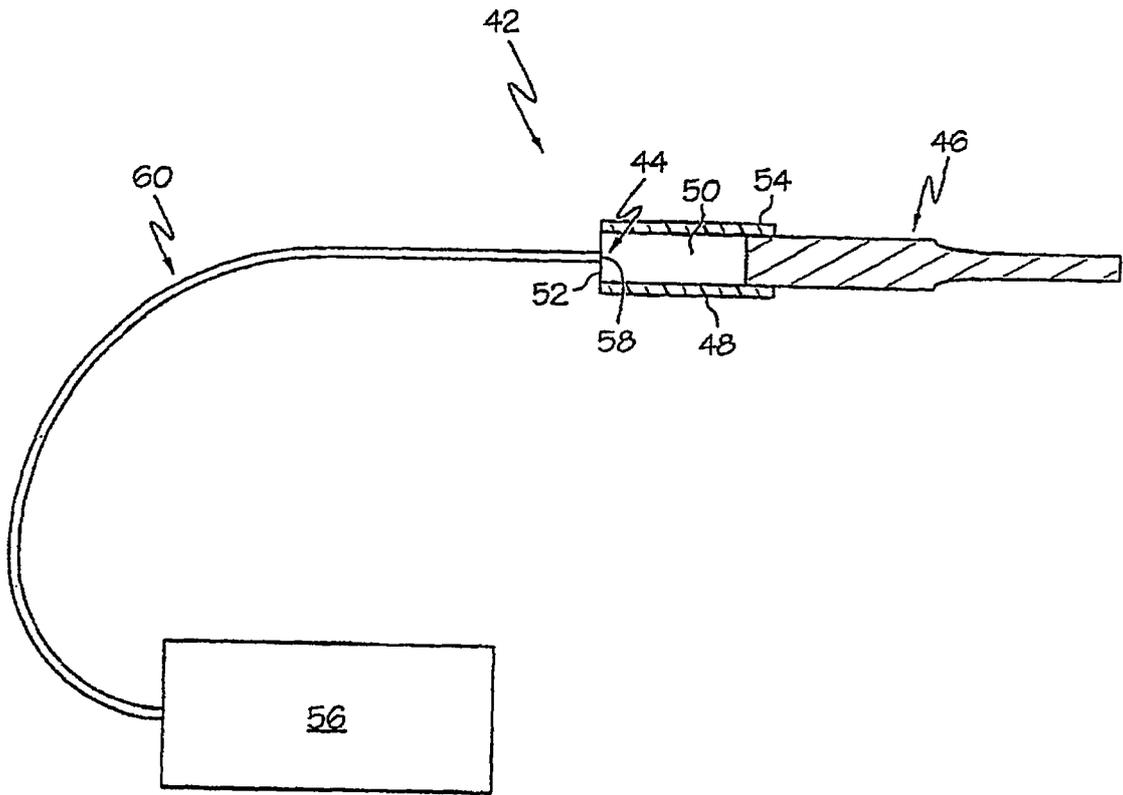


图 4

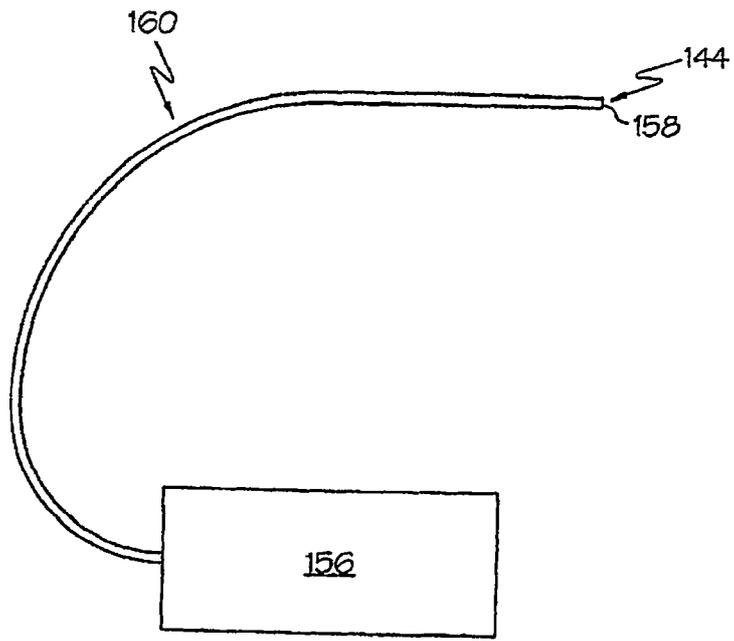


图 5

专利名称(译)	医疗超声器械		
公开(公告)号	CN101355910B	公开(公告)日	2011-02-16
申请号	CN200680050413.4	申请日	2006-12-29
[标]申请(专利权)人(译)	伊西康内外科公司		
申请(专利权)人(译)	伊西康内外科公司		
当前申请(专利权)人(译)	伊西康内外科公司		
[标]发明人	KL豪泽		
发明人	K· L· 豪泽		
IPC分类号	A61B17/32 A61H1/00		
CPC分类号	A61B17/2251 A61B17/22004 A61B2017/22015 A61B17/320068 A61B2017/320089		
代理人(译)	苏娟		
审查员(译)	杨德智		
优先权	11/326256 2006-01-05 US		
其他公开文献	CN101355910A		
外部链接	Espacenet SIPO		

摘要(译)

一种医疗超声器械，其包括超声换能器、医疗超声刀和用于容纳液体的管。管第一端适于在管中容纳有液体时使邻近管第一端的液体被超声振动以产生超声振动能量波。当管中容纳有液体时，超声刀通过声学方式连接于邻近管第二端的液体。另一种医疗超声器械，其包括热脉冲激发器、医疗超声刀和用于容纳液体的管。热脉冲激发器用于输出具有超声脉冲频率的热脉冲。管第一端适于接收热脉冲激发器输出的热脉冲，其中当管中容纳有液体时，热脉冲的能量足以在该液体中产生超声振动能量波。

