

# 中华人民共和国国家计量检定规程

JJG 1101—2014

# 医用诊断全景牙科 X 射线辐射源

Medical Diagnostic X-ray Source for Dental Panorama

2014-08-25 发布

2014-11-25 实施

# 医用诊断全景牙科 X 射线辐射源 检定规程

JJG 1101—2014

Verification Regulation of Medical

Diagnostic X-ray Source for Dental Panorama

归 口 单 位:全国电离辐射计量技术委员会

主要起草单位:中国测试技术研究院

福建省计量科学研究院

参加起草单位:上海市计量测试技术研究院

新疆维吾尔自治区计量测试研究院

陕西安康市计量测试所

## 本规程主要起草人:

杨 乾 (中国测试技术研究院)

李 杰 (福建省计量科学研究院)

杨 建(中国测试技术研究院)

## 参加起草人:

陆 逊(上海市计量测试技术研究院)

冯雪峰 (新疆维吾尔自治区计量测试研究院)

王 斌 (陕西安康市计量测试所)

# 目 录

引言	•••••••••••••••••••••••••••••••••••••••	(
1 莉	也围	(1)
2 弓	引用文件	(1)
3 1	术语和计量单位·······	(1)
3. 1	术语	(1)
3. 2	计量单位 ······	(2)
4 相	既述	(2)
5 t	十量性能要求 ······	(2)
5. 1	空气比释动能率	(2)
5. 2	辐射输出的重复性	(2)
5.3	辐射输出的质	
5.4	管电压	(2)
5.5	空间分辨力	
5.6	低对比度分辨力	
5.7	曝光时间 · · · · · · · · · · · · · · · · · · ·	
6 追	通用技术要求	
6.1	外观和标志	
6.2	电气、机械及防护性能	
7 t	十量器具控制	
7.1	检定条件	
7.2	检定项目	
7.3	检定方法	
7.4	检定结果的处理	
7.5	检定周期	
附录		
附录	B 检定证书/检定结果通知书内页(推荐)格式样式 ···································	(7)
附录	C 测量布局及牙科模体 ·······	(10)

# 引 言

本规程依据 JJF 1002—2010《国家计量检定规程编写规则》和 JJF 1001—2011《通用计量术语及定义》编制。

全景牙科 X 射线辐射源的计量特性和检定方法参照了 GB/T 19042.4-2005/ IEC 61223-3-4:2000《医用成像部门的评价及例行试验 第 3-4 部分:牙科 X 射线设备成像性能验收试验》与 JJG 744-2004《医用诊断 X 射线辐射源》中规定的相应条款。

本规程为首次制定。

## 医用诊断全景牙科 X 射线辐射源检定规程

#### 1 范围

本规程适用于医用诊断全景牙科 X 射线辐射源的首次检定、后续检定和使用中检查。

本规程不适用于口内X射线成像设备辐射源的检定。

#### 2 引用文件

本规程引用下列文件:

JJG 744-2004 医用诊断 X 射线辐射源

GB 9706. 1—2007/IEC 60601-1: 1988 医用电气设备 第1部分:安全通用要求 GB/T 19042. 4—2005/IEC 61223-3-4: 2000 医用成像部门的评价及例行试验

第 3-4 部分: 牙科 X 射线设备成像性能验收试验

凡是注日期的引用文件,仅注日期的版本适用于本规程;凡是不注日期的引用文件,其最新版本(包括所有的修改单)适用于本规程。

#### 3 术语和计量单位

- 3.1 术语
- 3.1.1 空气比释动能 air kerma

不带电电离粒子在质量为 dm 的空气中释放出来的全部带电粒子的初始动能总和  $dE_{11}$ 除以 dm,符号为 K。

$$K = \frac{\mathrm{d}E_{\mathrm{tr}}}{\mathrm{d}m}$$

3.1.2 空气比释动能率 air kerma rate

在 dt 时间内空气比释动能的增加量 dK 除以 dt,符号为 K。

$$\dot{K} = \frac{\mathrm{d}K}{\mathrm{d}t}$$

3.1.3 空间分辨力 spatial resolution

在影像中高对比条件下所能分辨相邻两个物体的能力。

- 3.1.4 低对比度分辨力 low contrast resolution
  - 分辨与均匀物质成低对比的物体的能力。
- 3.1.5 半值层 half-value layer

将单向粒子流的辐射量减少到初始值一半时的减弱层厚度,符号为 HVL。

3.1.6 管电压 tube voltage

加在X射线管阳极和阴极之间的电位差。

- 3.2 计量单位
- 3.2.1 空气比释动能率单位的名称:戈「瑞]每秒;符号:Gy/s。
- 3.2.2 分辨力单位的名称:线对每厘米;符号:Lp/cm。

#### 4 概述

全景牙科 X 射线辐射源主要由 X 射线管、狭缝光澜、高压发生器、计算机成像系统、控制装置等组成。它利用不同组织材料对 X 射线吸收系数不同的物理原理,采用 X 射线对患者牙床和牙齿进行旋转透射扫描,最终达到牙科诊断的目的。

#### 5 计量性能要求

5.1 空气比释动能率

在常规使用条件下,以连续工作方式工作时,空气比释动能率不应超过60 mGy/min。

5.2 辐射输出的重复性 以相对实验标准偏差表示,辐射输出的重复性应不大于 10%。

5.3 辐射输出的质

辐射输出的质应满足表1的要求。

表 1 全景牙科 X 射线辐射源半值层

应用类型	X 射线管	电压/kV	允许的最小半值层/mmAl								
□ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □ □	正常使用范围  选择值		几件的取小十组层/mmAI								
	50~90	50	1.5								
			60	1.8							
全景牙科 X 射线辐射源		70	2. 1								
										80	2. 3
		90	2.5								

#### 5.4 管电压

X射线管电压示值误差应不超过±10%。

5.5 空间分辨力 空间分辨力不低于 20 Lp/cm。

5.6 低对比度分辨力

低对比度分辨力应能分辨模体中 0.5 mm 厚的铝模内孔径为 1 mm 的圆孔。

5.7 曝光时间

示值误差应不超过±(10%×示值+1 ms)。

#### 6 通用技术要求

6.1 外观和标志

2

有制造厂、型号、编号等清晰的标志。

6.2 电气、机械及防护性能

电气、机械及防护性能应分别符合相应的国家标准中规定的要求。

#### 7 计量器具控制

- 7.1 检定条件
- 7.1.1 检定用的设备
- 7.1.1.1 剂量计
- a) 在射线质从  $1.5 \text{ mmAl} \sim 6.0 \text{ mmAl}$  半值层  $(X 射线管的电压 50 \text{ kV} \sim 150 \text{ kV})$  变化范围内,能量响应变化应不超过 5.0%;
  - b) 积分挡年稳定性不大于 2%。
- 7.1.1.2 铝片

铝片的纯度大于 99%, 厚度误差不超过±0.1 mm。

#### 7.1.1.3 模体

模体性能指标应符合附录 C 的要求,其中空间分辨力模块测试范围至少要满足  $16 \text{ Lp/cm} \sim 30 \text{ Lp/cm}$ ,低对比度分辨力测试模块中至少包括直径为 1 mm、1.5 mm、2 mm 和 2.5 mm 的圆孔。

7.1.1.4 非介入电压表 误差优于±2%。

7.1.1.5 时间表

误差优于±1%,分辨力不大于1 ms。

7.1.1.6 温度计

最小分度值不大于 0.5 ℃。

7.1.1.7 气压计

最小分度值不大于 100 Pa。

- 7.1.2 环境条件
- 7.1.2.1 环境温度: 15 ℃~35 ℃。
- 7.1.2.2 相对湿度:不大于85%。
- 7.1.2.3 大气压力: 80 kPa~106 kPa。
- 7.1.2.4 无影响检定的振动、电磁干扰。
- 7.2 检定项目

检定项目见表 3。

表 3 检定项目一览表

检定项目	检定项目 首次检定		使用中检查
空气比释动能率	+	+	_
辐射输出的重复性	+	_	_
辐射输出的质	+	+	_

丰	3	(统)
মহ		(丝)

检定项目	首次检定	后续检定	使用中检查
管电压	+	+	_
空间分辨力	+	+	+
低对比度分辨力	+	+	+
曝光时间	+	_	_

注.

- 1"十"表示应检项目,"一"表示可不检项目。
- 2 上述检定项目仅针对具有全景照射的牙科 X 射线辐射源。

#### 7.3 检定方法

#### 7.3.1 空气比释动能率

将探测器固定于影像接收器上,其有效测量点置于主射束中心轴并与其垂直。常规 工作条件下,连续测量 3 次取平均值,按式(1) 计算出相应的空气比释动能率 K:

$$\dot{K} = M \bullet N_K \bullet K_{tb} \tag{1}$$

式中:

M——测量 3 次平均值, div;

 $N_K$ ——空气比释动能率校准因子,mGy • min<sup>-1</sup> • div<sup>-1</sup>;

K<sub>tp</sub>——温度气压修正。

温度气压修正按式(2)计算:

$$K_{tp} = \left(\frac{273.2 + t}{293.2}\right) \cdot \left(\frac{101.3}{p}\right)$$
 (2)

式中:

t——检定时室内温度,  $\mathbb{C}$ ;

*p*──检定时室内气压, kPa。

#### 7.3.2 辐射输出的重复性

按照 7. 3. 1 重复测量 n 次  $(n \ge 6)$ , 按式 (3) 用单次测量相对实验标准偏差 V 表示辐射输出的重复性:

$$V = \frac{1}{\overline{M}} \sqrt{\frac{1}{n-1} \sum_{i=1}^{n} (M_i - \overline{M})^2} \times 100\%$$
 (3)

式中:

 $M_i$  一第 i 次测量值;

#### 7.3.3 辐射输出的质

按照 7.3.1 的方法测量,并将铝片置于 X 射线出束口,测量未加铝片和通过不同厚度的铝片时空气比释动能率,用作图法或计算法求出半值层。辐射输出的辐射质

(HVL) 也可采用经校准的半值层测量仪直接测量。

#### 7.3.4 管电压

将探测器置于 X 射线照射野中心,射线束与探测器截面垂直。选常用点检定,重复测量至少 3 次,取其平均值,按式(4)用相对误差  $E_V$  表示电压的准确度:

$$E_V = \frac{V_i - \overline{V}_o}{\overline{V}_o} \times 100\% \tag{4}$$

式中:

 $V_i$ ——管电压的标称值, kV;

 $\overline{V}_{\circ}$ ——管电压的实测平均值, $kV_{\circ}$ 

#### 7.3.5 空间分辨力

模体置于全景牙科机的头托中心,模体背面正对全景牙科机立架方向,在常规条件下测量,如附录 C 所示。不具有数字探测采集或处理部分的全景牙科 X 射线机不适用此项。

#### 7.3.6 低对比度分辨力

测量方法按照 7.3.5。不具有数字探测采集或处理部分的全景牙科 X 射线机不适用 此项。

#### 7.3.7 曝光时间

测量方法按照 7.3.4,选常用的 3 个检定点,每个检定点重复测量 3 次,取其平均值,用示值误差  $\Delta T$  表示曝光时间的准确度,按式(5)计算:

$$\Delta T = T_0 - \overline{T} \tag{5}$$

式中:

 $T_0$ ——曝光时间的标称值, s;

 $\overline{T}$ ——测量值的平均值, s。

#### 7.4 检定结果的处理

按本规程的规定和要求,检定合格的发给检定证书,检定证书内页格式见附录 B; 检定不合格的应发给检定结果通知书,并在通知书中注明不合格项目。

#### 7.5 检定周期

检定周期一般不超过12个月。

# 附录A

# 检定原始记录(推荐)格式样式

检定证书编号:			<b>東始</b>	记录号:				
委托单位				检定	地点			
环境温湿度		°C %RH		Н			日期	
备注								
		剂量计		证书号				
		牙科体模						
测量标准及		非介入电压表		证书号				
其他设备		时间表		证书号				
		温度计		证书号				
		气压计		证书号				
		设备名称						
		生产厂家						
被检仪器		型号规格						
		设备编号						
检定依据								
检定项目								
外观及功能性检查	查							
空气比释动能率	,	测量条件						平均值
一 工 (几件切配等 	•	测量值/(mGy/m	in)					
		测量条件						
辐射输出的重复性	生	测量值/mGy						
		重复性/%						
to 01-to 11-to 15		测量条件/kV						
辐射输出的质		HVL/mmAl						
空间分辨力				分辨力:		Lp/	cm	
低对比度分辨力	1							
		标称值/kV						
然中区		测量值/kV						
管电压								
		平均值/kV						
		示值误差/%						
		标称值/s						
n를 사고보였다		测量值/s						
曝光时间								
		平均值/s						

检定员:	核验员:
MT T IT.	松 览 同•

示值误差/s

# 附录B

# 检定证书/检定结果通知书内页(推荐)格式样式

B.1 检定证书/检定结果通知书第2页

证书编号: ××××—××××									
检定机构授权说明									
检定环境条件及其地点:									
温度:	$^{\circ}\mathbb{C}$	湿度:	%RH	[					
地点:									
其他:									
测量标准及其他设备	ir .	T	T	T					
名 称									
		最大允许误差							
	第	等×页 共×页							

## B.2 检定证书第3页

检定项目				
外观及功能性检查				
空气比释动能率				
	测量条件			
辐射输出的重复性	测量值/(mGy/mi	n)		
	重复性/%			
短针绘山的岳	测量条件/kV			
辐射输出的质	HVL/mmAl			
空间分辨力	Lp/cm			
低对比度分辨力				
	标称值/kV			
管电压	测量值/kV			
	示值误差/%			
	标称值/s			
曝光时间	测量值/s			
	示值误差/s			
检定结果				

以下空白。

## B.3 检定结果通知书第3页

检定项目				
外观及功能性检查				
空气比释动能率				
	测量条件			
辐射输出的重复性	测量值/(mGy/min)			
	重复性/%			
辐射输出的质	测量条件/kV			
抽 別 制 山 印 灰	HVL/mmAl			
空间分辨力		 _Lp/o	em	
低对比度分辨力				
	标称值/kV			
管电压	测量值/kV			
	示值误差/%			
	标称值/s			
曝光时间	测量值/s			
	示值误差/s			
检定结果				
检定不合格项目				

附加说明 说明检定结果不合格项 以下空白

## 附录C

## 测量布局及牙科模体

#### C.1 测量布局

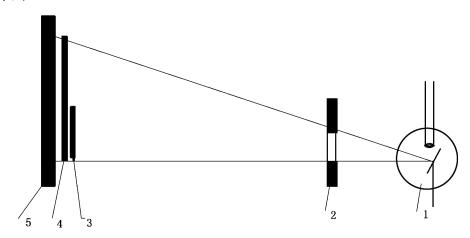


图 C.1 空气比释动能率测量布局

1-X射线管;2-初级光阑;3-剂量仪;4-次级光阑;5-屏-片系统(或数字传感器)

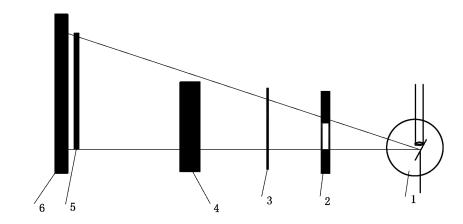


图 C.2 具有口外数字 X 射线影像接受器全景牙科 X 射线机分辨力测量布局 1—X 射线管; 2—初级光阑; 3—附加衰减层 (例如 0.8 mmCu); 4—牙科体模; 5—次级光阑; 6—屏-片系统

### C.2 牙科检测模体

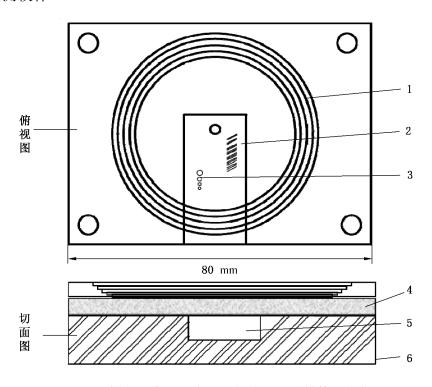


图 C.3 数字成像探测或处理部分的牙科模体 (实例)

1—牙科限束筒中心标记; 2—线对分辨力实验器件(全景适用1.6 Lp/mm~3 Lp/mm);

- 3一低对比度分辨力实验器件; 4一附加衰减层/体模 (6.0 mmAl);
- 5—数字传感器的空间定位 (根据传感器的几何尺寸); 6—基本模体