

测一测你的睡眠质量

谢作如 金孜达 浙江省温州中学

我们如何得知自己的睡眠质量?比 如夜里翻身几次,有没有梦游?或许大 家第一个想到的就是智能手环。常见的 智能手环的确都带有睡眠监测功能,但 我们对其监测结果深表怀疑,因为手环 毕竟是戴在手上的,未必准确。而最可 靠的监测位置,应该在人体的中心,即 肚子。于是,我们试着用加速度传感器 做了一个能监测睡眠质量的小仪器。

● 材料选择

我们选择了Microduino。 Microduino是Arduino的兼容开发板, 体积很小,一块板子和1元硬币相近。因 其具有电子积木的特点,堆叠方便,不 需要焊接连线,做产品原型特别方便。 制作这个作品大致需要如下材料,分别 说明如表1:

表1

名称	说明
Microduino Core	主芯片模块
Microduino USBTTF FT232R	USB数据交换模块
Microduino 10DOF MPU6050	加速度传感器模块
Microduino SD	SD卡读写模块

当然,SD卡和USB线是不可少的, 这里不再赘述。这四个模块可以直接

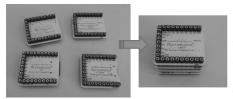
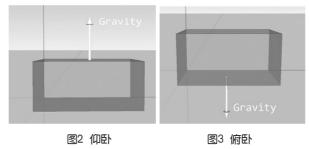


图1 组装好的Microduino模块



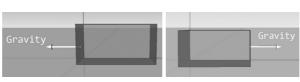


图4 左侧卧 图5 右侧卧

堆叠, 高度约2CM, 如图1所示。

● 工作原理分析

睡眠监测仪的关键就是负责记录身 体的朝向,并将其忠实地记录于SD卡上, 以便于特制的数据分析器分析数据。我 们先分析一下对身体朝向的定义。

图2至图5的视角是当你将其佩戴

在腹部时,从头部往腹 部看的视角。

为了更易观察,下 页图6、图7的视角发生

了变动,请使用原先的相对视角看待 它们。

然而事实上,几乎不可能得到如图 2至下页图7那样的监测值。实际上往往 每次监测都会得到重力加速度的X、Y、 Z方向的分量,且均不为零。对此,我们 采用了一个非常简单的判断法: 取模最 长的一个分量对应的 方位为此次的方位,如 下页图8所示。

此外,我们还可 以顺便记录每相邻2次 测得数量值的矢量差, 这些都是有用的数据, 可以用来判断是否入睡 以及估算一段时间内的 睡眠质量等。

● 算法优化

最简单的方法是周期性地监测重 力加速度,不加任何处理地直接原始 地记录入SD卡,将一切处理任务全部 交付于数据分析器。然而,这种方法 一个晚上会产生大量的数据,如果每 100ms记录一次,记录8小时,则文件大 概为5.5M,明显不是一种好方法。

第一种方法产生的文件之所以 大,是因为存在大量的冗余数据。例如, 一个人睡觉时一般会在10~15分钟保 持同一朝向几乎不移动,而这段时间得 到的数据十分接近,却都被记录了。所 以应该要剔除相似数据,即设定一个阈 值,阈值以内的数据不记录。

然而,我们本来就是为了记录身 体的朝向,所以需要记录的其实仅仅是 身体朝向改变的事件。因此,数据还可

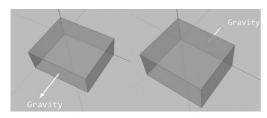


图6 站立

图7 倒立

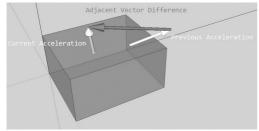


图8 方位取样

以进一步优化。经过测试,一个晚上记 录的文件的大小一般小于3K。

需要注意的是,并不是任何原始 数据都是可信的,除了无法预测的数据 噪音,更值得关注的还有如下两种情 况:①用户根本没有进入睡眠状态。我 们无法期待用户在睡着前一瞬间启动 产品,因此启动产品的时机都是睡着前 的一段时间,而这段时间用户的行为被 认为是相对活跃的。此时的数据根本不 应当被记入,否则会对数据产生一定的 干扰。②用户已经进入睡眠状态,但是 身体正在运动。虽然一般情况测得的加 速度可直接视为重力加速度,然而当用 户转身或者有大幅度的运动时,就不能 如此轻率地将测得的加速度用于确定 当前用户朝向的数据来源。

第一种情况的解决方法是并不急 于记录数据,而是将监测仪分为"监视 状态"和"记录状态"。一开始监测仪处 于"监视状态",该状态仅仅将数据写 入内存而不写入文件。我们认为,若一 段时间内数据变化不大且朝向主要不为 站立时,则用户已经进入睡眠状 态,随后切入"记录状态"并新建 数据文件。在"记录状态",数据 不仅被写入内存,还会经过初步 处理写入文件。我们认为,若一 段时间内用户几乎一直处于站立 状态,则用户已经离开睡眠状态, 随后返回"监视状态"并终止数 据文件。

第二种情况的解决方法是 综合考虑附近的数据。在这种处

理方式下,我们可以较轻松地排除个别 的突变数据,而不将之错误地作为有 效数据进行处理。但如果用户确实发生 了朝向改变等大动作,我们也能够正确 地认知到这种变化并将其予以考虑。

● 睡眠指数的实现

睡眠好不好,总要弄个指标吧。睡 眠质量指数是我们为了增加设备的功 能而设计的一个参考指数。一般来说, 在相等的一段时间内,身体活动越少, 睡眠质量肯定越好。我们通过获取这 段时间内任意相邻2次测得加速度的矢 量差的模的平方并求和,来衡量身体如 何活动。显然,在相等一段时间内,模的 平方和越大,身体的活动就越剧烈。

我们每次对朝向相同的一段连续 时间计算睡眠质量指数,考虑到这些时 间不尽相同,还需要将其除以时间差。 这是睡眠质量指数的计算公式:

$$Q = 2000 \left[\frac{1}{2} - \frac{1}{\pi} \arctan \left(\frac{\sum_{n=1}^{t_e - t_s} |\vec{a}_n - \vec{a}_{n-1}|^2}{100(t_e - t_s)} \right) \right]$$

其中 $\bar{q}_{i}(1 \le i \le \frac{l_{i} - l_{i}}{T})$ 表示这段时间内第i次 测得的加速度, t_s 是这段时间相对于启

动仪器的开始时刻, t_e 是这段时间相对 于启动仪器的结束时刻; T 是相邻2次 测量的周期。

由于一共测量了 $\frac{t_e-t_s}{T}$ 次,故这段时间内的"平均相邻加速度差的模的平 方"的值为 $\frac{\sum\limits_{n=1}^{T}\left|a_{n}-a_{n-1}\right|^{2}}{t_{e}-t_{s}}$,除以100是数据上 的需求(防止溢出)

接着对计算得到的值进行映射。 因为原先的值域为[0,+∞),故对其进行 一次反正切运算并除以圆周率,就可以 将其映射到一个上下有界的区间 $\left[0,\frac{1}{2}\right]$ 。由 于一般情况下我们觉得这个值越高睡 眠质量越好,因此将其取负。为了方便 观察,再加上 $\frac{1}{2}$ 。最后,乘以2000将其 映射到(0,1000],且此时睡眠质量指数 与睡眠质量刚好成正相关,符合要求。

● 程序编写

代码编写并不是很难,但是只能用 Arduino的代码写,图形化工具做不到。 因为篇幅的缘故,下页表2仅提供"监视 状态"模式的代码和简要解说,完整内 容请访问文尾二维码链接的博客。

即使是经过初步处理的数据, 其格式对一般用户来讲依然晦涩难 懂,且格式不友好。因此,将数据转 变为用户易于直观读取和理解的内 容就成为了一项重要的任务。我们 采用VB编写分析器的源代码和界 面。虽然外表简陋,不过已经能将数 据显示得足够直观。

首先,我们点击菜单中的文件选项 打开文件选择框,选择一份文件(该文 件是一份生成数据文件,格式为*.rd, 仅供演示);然后,数据将被处理与显示, 分写界面如下页图9所示。

表2

代码	
void monitor()	Т
//Monitor Mode	自
{	
#ifdef DEBUG_MODE	
Serial.println("Starting Monitoring");	
#endif	
int inital_count=0;	
for (; (double) oog_count/CACHE>00G_PASS	-
RATE (double) direct_count[3]/CACHE>RAS	. 揖
PASS_RATE inital_count < CACHE; current.	. 5
index=(current_index+1)%CACHE)	自
{	F
o o g _ c o u n t - = d i s t S q r (c u r r e n t .	. 1
<pre>index, (current_index+1) %CACHE) >GATE;</pre>	2
direct_count[acceleration[current.	. I
index].direct];	-
<pre>getAcc (current_index);</pre>	在
o o g _ c o u n t + = d i s t S q r ((c u r r e n t .	-
<pre>index+CACHE-1) %CACHE, current_index) >GATE;</pre>	ß
direct_count[acceleration[current.	-
<pre>index].direct]++;</pre>	П
if (inital_count < CACHE) inital_count++;	I
}	ji
<pre>previous_event_time=millis();</pre>)
#ifdef DEBUG_MODE	đ
Serial.println("Ending Monitoring");	
#endif	
return;	
}	

注释

[当进入"监视状态"时运行 的函数]

[调试模式下使用的代码]

["监视模式"的终止条件为:在 最近10分钟内连续的两次测量值的 矢量差超过一个阈值(GATE=6000) 的计数值比率小于80%(OOG_PASS_ RATE=80%), 且最近10分钟内测 得为站立状况的计数值比率小于 2.5%(RAS_PASS_RATE=2.5%), 且至少进入该模式10分钟。如果有 一个没有满足,会重新回到循环, 每次循环的间隔为约1s。]

[将RAM中最旧的一次数据抹 除并清除其影响。]

[记录新的测量值带来的影 响。(如果这次的测量值与上次的 测量值之间的矢量差是大于一个 阈值(GATE=6000)则oog_count 加1,此次测量值对应的方位的 direct_count加1。)]

[调试模式下使用的代码]

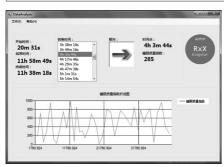


图9 分析界面

左上角表示睡眠的时间,一般情 况只需了解最下面的"持续时间"即 可。"起始时间"是自产品启动到开始记 录文件的时间,"终止时间"是自产品启 动到结束记录文件的时间。

右上角有一个按时间升序排列的



图10 连接电池的模块

列表,分别记录每一次身体转向的时 间,和转向完毕后身体的朝向,以及这个 朝向的这段时间内睡眠质量指数。睡眠 质量指数是一个量化数值,可以反映 你的睡眠质量,值在0~999内浮动,数值 越高,睡眠质量越好。

下方是一个睡眠质量指数图表, 直接完全地显示了每个转向的时刻 及此段时间的睡眠质量指数,可清晰 直观地了解一次睡眠的总体质量与 变化。

● 作品原型

做一个作品原型吧,于是我们找了 三个小电池并连接起来(如图10),以方 便脱机运行。我们还采用3D打印外壳, 将芯片与电池放入其中,最后封口。考 虑到要以腰带的形式固定在肚子上测 试,我们最终拆了一个毛绒绒的公仔, 放在里面。

睡眠质量的监测仪器并不复杂,制 作简易,探索历程却十分有趣。设计过 程用到了单片机、编程和3D打印,体现 了科技协作的力量。但这个作品还存在 很多需要讲一步考虑的问题,如加入一 些简易有效的滤波算法,以便高效精准 地处理原始数据;通过一段时间的数据 更好地推测当前用户的睡眠状况;改进 数据分析软件,使其更加易懂并具有 更良好的交互功能等。

此外,睡眠数据的记录使用了SD 卡。考虑到现今使用的数据格式并不会 占用大块空间,因此还可以改良数据的 传输方式,如使用蓝牙或者WiFi将数 据直接实时传送到数据分析软件,这 些都是下一步要研究的重点。 2

如果对相关内容感兴趣,请关注主 持人博客。